

**ÜBER DIE WIRKUNGEN AMPHIPHILER PHARMAKA
AUF DIE MECHANISCHE BELASTBARKEIT UND
VERFORMBARKEIT INTAKTER ERYTHROZYTEN**

Reinhard Naar

Aus dem Walther-Straub-Institut für Pharmakologie und Toxikologie der
Universität München
Vorstand: Prof. Dr. Wolfgang Forth

**ÜBER DIE WIRKUNGEN AMPHIPHILER PHARMAKA
AUF DIE MECHANISCHE BELASTBARKEIT UND
VERFORMBARKEIT INTAKTER ERYTHROZYTEN**

Inaugural-Dissertation
zur Erlangung der Doktorwürde in der gesamten Medizin
an der Ludwig Maximilians-Universität zu München

vorgelegt von
Reinhard Naar
aus
Trostberg

1986

Mit Genehmigung der Medizinischen Fakultät
der Universität München

Berichterstatter:
Mitberichterstatter:
Dekan:

Prof. Dr. J. Remien
Prof. Dr. W. Föth
Prof. Dr. W. Spann

Tag der mündlichen Prüfung

3. Juni 1986

INHALTSVERZEICHNIS

Seite

EINLEITUNG	1
MATERIAL UND METHODIK (gemeinsamer Teil)	10
DISKUSSION DER METHODIK	25
VERSUCHSAUFBAU DER ULTRASCHALLMETHODE	27
ERGEBNISSE DER ULTRASCHALLMETHODE	30
Hämoglobinfreisetzung in Abhängigkeit von der Beschallungszeit	30
Einfluß der Osmolarität des Suspensionsmediums	31
Einfluß von Chlorpromazin	34
Einfluß von Natrium-dodecylsulfat	35
Einfluß von Stickstoff-Lost	38
Einfluß der Viskosität des Mediums	39
VERSUCHSAUFBAU DER SCHERKRAFTMETHODE	43
ERGEBNISSE DER SCHERKRAFTMETHODE	47
Hämoglobinfreisetzung in Abhängigkeit vom Druckgradienten	47
Einfluß der Osmolarität des Suspensionsmediums	51
Einfluß der Aufbewahrungsdauer von Erythrozyten	53
Einfluß von Dinatrium-Äthylendiamintetraessigsäure	56
Einfluß von Chlorpromazin	58
Einfluß von Chlorpromazin-Methojodid	63
Einfluß von Natrium-dodecylsulfat	64
Einfluß von Na-Thiopental	66
Einfluß von Thiazinamium	67
VERSUCHSAUFBAU DER DESORPTIONSMETHODE	68
ERGEBNISSE DER DESORPTIONSMETHODE	72
Einfluß der Osmolarität auf die Passagefähigkeit	72
Einfluß von Chlorpromazin	73
Einfluß von Thiazinamium	76
Einfluß von Albumin	78
DISKUSSION DER ERGEBNISSE	79
Hämolyse durch Ultraschall	79
Hämolyse durch Scherkräfte	82
Viskoelastisches Membranmodell	93
Mechanismen des protektiven Effekts	97
Einfluß der Aufbewahrungsdauer	101
ZUSAMMENFASSUNG	103
LITERATURVERZEICHNIS	105
ANHANG: Tabellen	111
Programme	115

EINLEITUNG

Die Erythrozytenmembran ist ein gut geeignetes Studienobjekt, um einen eventuellen membranexpandierenden Effekt von Pharmaka zu untersuchen. Die hier verwendeten Substanzen beeinflussen die mechanischen Eigenschaften biologischer Membranen. Bei Erythrozyten äußert sich dies z.B. in einem veränderten rheologischen Verhalten. Stabilisierende und destabilisierende Wirkungen auf die osmotische Resistenz von Erythrozyten sind ebenfalls bekannt. In der vorliegenden Arbeit wird der Einfluß neurotroper und anderer Pharmaka auf die mechanische Belastbarkeit und Verformbarkeit intakter Erythrozyten geprüft.

Rheologie

Erythrozyten sind verantwortlich für die besonderen rheologischen Eigenschaften des Blutes. Dabei kommt den Zellmembranen die größte Bedeutung zu. Im Gegensatz zu Newton'schen Flüssigkeiten ist die Viskosität des Blutes keine fixe Materialeigenschaft, sondern abhängig von den Strömungsverhältnissen, d.h. vom Schergrad

$$\gamma = \frac{dv}{dl} \text{ sec}^{-1};$$

dv ist die Geschwindigkeitsdifferenz an der Länge dl . Bei Messung "nicht-Newton'scher" Flüssigkeiten wird daher eine "scheinbare" Viskosität mit dem zugehörigen Schergrad angegeben. Unter Scherkraft versteht man die aufzubringende Schubspannung, die bei einer bestimmten Flüssigkeit eine bestimmte Strömung hervorruft. Die Scherkraft ist proportional zum erzeugten Schergrad:

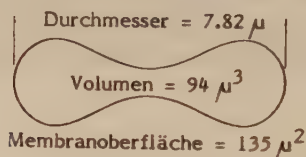
$$\tau = \eta * \gamma.$$

Der Proportionalitätsfaktor η (=Viskosität) hat die Dimension $\text{N} * \text{sec} * \text{m}^{-2}$, die Scherkraft somit Nm^{-2} .

Die Scherkraft wirkt auch auf den Erythrozyten in der Strömung und ist mit dessen Verformung korreliert. Die größten Scherkräfte im Blutkreislauf treten in den Kapillaren auf (18). Dort ist dementsprechend die Verformung am stärksten. Zudem muß der Erythrozyt hier in der Lage sein, Röhren zu durchfließen, deren Durchmesser kleiner sind als sein eigener. Bei hohen Scherkräften wird er in eine langgestreckte Form gezwungen und richtet sich mit der Längsachse parallel zur Strömung aus; dabei paßt sich die Zelle dem paraboloiden Geschwindigkeitsprofil an (57).

Die große Verformbarkeit des Erythrozyten geht auf Membraneigenschaften zurück. Wegen seiner bekannten diskozytären Form besitzt er eine hohe Oberflächenreserve. In isotonem Medium, also bei einer Osmolarität von etwa 300 mOsm, hat der durchschnittliche Erythrozyt nach Evans et al. (22) ein Volumen von $94 \mu^3$ und eine Membranoberfläche von $135 \mu^2$. Eine Kugel gleichen Volumens hätte nur eine Oberfläche von $100 \mu^2$.

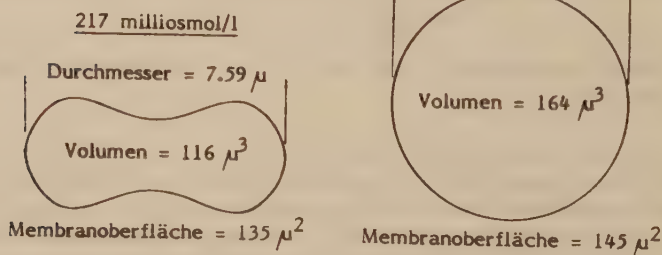
300 milliosmol/l



Der durchschnittliche Erythrozyt.
Daten aus Evans et al. (22)
und Kabott et al. (36)

In hypotonem Medium bedingt der osmotische H_2O -Einstrom eine Volumenzunahme. Bei Konstanz der Oberfläche nähert sich der Erythrozyt der Kugelform. Weiterer Volumenzuwachs ist dann nur unter Membrandehnung möglich. Dabei kann die Oberfläche um etwa 8% zunehmen, bevor die Membran rupturiert (10, 11, 26)

131 milliosmol/l



Erythrozyten in hypotonem Medium.
Daten aus Evans et al. (22)

Im hypertonem Medium schrumpft der Erythrozyt wegen des osmotischen H_2O -Entzugs und nimmt Stechapfelform an. Die Passagefähigkeit solcher Zellen durch enge Filterporen ist nach Schmidt-Schönbein (57) schlechter; am besten sei die Verformbarkeit unter isotonen oder leicht hypotonen Bedingungen.

Erythrozytenmembran

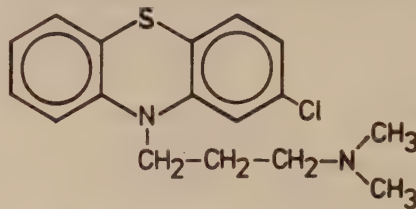
Die 50 bis 120 Å dicke Erythrozytenmembran ist aus Lipoproteiden und Glykoproteiden aufgebaut. Letztere tragen Mukopolysaccharide, die z.B. für die Blutgruppeneigenschaften verantwortlich sind. Den größten Anteil der Membraneiweiße bilden Lipoproteide, die mit Phospholipiden und Glykolipiden verbunden sind. Die Phospholipide orientieren sich größtenteils mit dem polaren Teil zur wässrigen Phase, also zur extra- bzw. intrazellulären Flüssigkeit. Die hydrophoben Fettsäureketten werden durch Van der Waals'sche Kräfte zur Membranmitte hingezogen. Ein kleiner Teil der Phospholipide steht in Interaktion mit globulären Eiweißkörpern, die zufällig über die Membran verteilt sind. Ein "Fluid Mosaic"-Modell von Zellmembranen ist bei Singer et al. (69) beschrieben.

Spektrin liegt an der zytoplasmatischen Seite der Membran und sorgt für deren Zusammenhalt; ohne Spektrin würde der Erythrozyt in kleine Membranvesikel zerfallen (46). Die stabilisierende Funktion eines Netzwerks aus Spektrintetrameren wird bei Ralston (52) diskutiert. Untersuchungen mit entsprechenden Membranmodellen zeigten, daß die bikonkave Form spontan angenommen wird, wenn im Innern des Modells ein Unterdruck erzeugt wird (10, 11).

Pharmaka

Aus mehreren Untersuchungen sind biphasische Einflüsse von Phenothiazinderivaten auf die osmotische Fragilität des Erythrozyten bekannt (54, 62, 63): niedrige Konzentrationen stabilisieren gegen osmotische Hämolyse, bei höheren kehrt dieser Effekt wieder um bis zur Destabilisierung. Anionische Wirkstoffe einerseits sowie kationische und nichtionische andererseits rufen unterschiedliche Veränderungen der Zellform hervor. Die hier angeführten Substanzen gehören bis auf 3 Ausnahmen zu den tertiären oder quarternären Aminen. Thiopental ist ein sekundäres Amin, Natrium-dodecylsulfat ein anionisches Detergens und EDTA ein Chelator für divalente Kationen. Die Beobachtung ihrer Einflüsse auf mechanische Membraneigenschaften dient dem Zweck, den Mechanismus ihrer bekannten Wirkungen auf die Erythrozytenmembran insofern zu klären, ob ein primär membranexpandierender Effekt verantwortlich sein kann, oder ob oberflächlich adsorbierte Moleküle die mechanischen Membraneigenschaften erst sekundär, also nach erfolgter mechanischer Belastung beeinflussen.

Das Phenothiazinderivat **Chlorpromazin** (CPZ) gilt gemeinhin als Prototyp für die Gruppe der Neuroleptika.



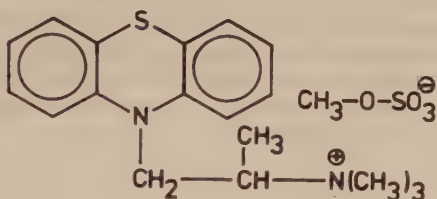
Chlorpromazin

Der elektronegative Substituent in Position 2 erhöht die maximale Wirksamkeit im Vergleich zu Promazin. Die aliphatische Substitution in Position 10 führt zu einer kleineren molaren Wirkungsstärke (nicht aber maximalen Wirksamkeit!) als die Substitution mit einer Piperazingruppe. Als Beispiel diene der Vergleich von Chlorpromazin und Perphenazin: Austausch der Aminopropyl- gegen die Äthanylpiperazinylpropylfunktion erhöht die molare Wirksamkeit um mehr als eine Zehnerpotenz (25). CPZ liegt bei pH 7.4 zur Hälfte in kationischer Form (quarternäres Amin) vor (63, Fig.5).

Von den zentralnervösen Wirkungen von CPZ seien vor allem antipsychotische, sedierende, anxiolytische und antiemetische Eigenschaften hervorgehoben. Das Pharmakon erzeugt eine psychisch indifferente Bewußtseinslage. Am peripheren vegetativen Nervensystem zeigt CPZ parasympholytische und stärker noch alpha-sympholytische Aktivität; wie andere Phenothiazine auch antagonisiert es die Effekte von Dopamin, (Nor-)Adrenalin, Acetylcholin, Histamin und Serotonin. Die antihistaminische Wirkung ist im Gegensatz zu Promethazin nur schwach ausgeprägt. Dies ist auf eine strukturisomere Seitenkette zurückzuführen, bei der die Aminogruppe nur durch 2 Kohlenstoffatome vom Stickstoff des Ringsystems getrennt ist (vgl. auch Strukturformel von Thiazinamium). Klinisch unerwünscht sind vor allem Störungen der extrapyramidalen Motorik, der Hämatopoese (z.B. Agranulozytose!) und orthostatische Probleme. Wechselwirkungen z.B. mit Antihypertensiva, zentral dämpfenden Pharmaka und Alkohol sind zu beachten.

Chlorpromazin-Methojodid (CPZ-MJ) zeichnet sich durch Einführen einer dritten Methylgruppe an den Stickstoff der Seitenkette aus; dieser erhält dadurch eine positive Ladung, Jodid ist das korrespondierende Anion. CPZ-MJ findet keine therapeutische Anwendung. Als Phenothiazinderivat mit obligat quarternärem Amin kann es mangels Lipophilie keine zentralen Wirkungen entfalten.

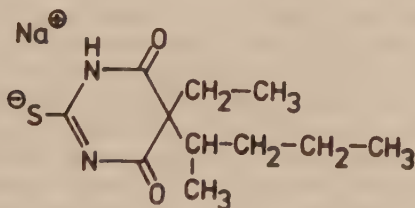
Thiazinamium (Syn.: Methylpromethazin) ist das quaternäre Analogon zum Promethazin.



Thiazinamium-methylsulfat

Der Stickstoff der Seitenkette trägt einen dritten Methylrest und erhält so eine obligate positive Ladung, weswegen keine zentrale Wirksamkeit dieser Substanz besteht. Thiazinamium besitzt antihistaminische und spasmolytische Eigenschaften.

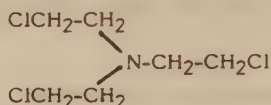
Das Barbiturat **Thiopental** supprimiert die Aktivität erregbarer Membranen.



Thiopental-Natrium

Als injizierbares Kurznarkotikum liegt es als wasserlösliches Natriumsalz unter Zusatz von Na_2CO_3 vor. Die injizierte Lösung wird im Blut sofort neutralisiert und die so entstandene lipophile Form sorgt für Bewußtseinsverlust in wenigen Sekunden. Der anschließende Übergang der Wirksubstanz aus dem Plasma in andere Kompartimente (vor allem Fettgewebe) erklärt die relativ kurze Wirksamkeit von ca. 20 bis 30 min nach einmaliger Injektion einer geeigneten Dosis. Thiopental ist in der Lipidphase biologischer Membranen gut löslich. Es bietet sich daher als Testsubstanz für eine eventuelle expandierende Wirkung auf die Erythrozytenmembran an.

2,2',2''-Trichlor-triäthylamin (HN3, trifunktionales Stickstoff-Lost) gibt im Organismus Alkylgruppen an Aminosäuren, Ribo- und Desoxyribonukleinsäuren, intrazelluläre und membranständige Proteine ab. Besonders betroffen ist stark proliferierendes Gewebe, wo Mutationen bzw. Zelltod verursacht werden. HN3 wird gut über Augen, Haut, Respirationstrakt und Magen-Darm-Kanal resorbiert. Wegen dieser Eigenschaften wurden Lostverbindungen für militärische Zwecke mißbraucht. Die perkutane letale Dosis beim Menschen beträgt etwa 10 bis 20 mg/kg. Systemische Vergiftungen können lebenslange psychische und organische Schäden nach sich ziehen.

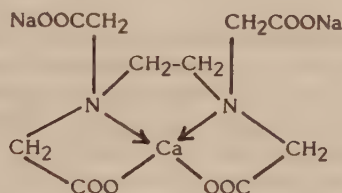


Die Angaben über HN3 wurden Klimmek et al. (38) entnommen. Die Alkylierung durch HN3 geht mit einer Vernetzung von Membranproteinen einher und hat somit eine Rigidifizierung der Erythrozytenmembran zur Folge. Wegen seiner relativ spezifischen Wirkung auf Spektrin (76) wurde HN3 bei der unten beschriebenen Ultraschallmethodik verwendet. Es läßt sich dadurch prüfen, inwieweit Veränderungen von mechanischen Membraneigenschaften von der Meßmethodik erfaßt werden.

Natrium-dodecylsulfat ($\text{C}_{12}\text{H}_{25}\text{NaO}_4\text{S}$; SDS) findet in der Pharmazie als Emulgator Verwendung; selbstemulgierende Grundlagen werden z.B. zusammen mit Cetylstearyl-Alkoholen bereitet (45). SDS kann mit seinem Alkylrest in die Membranlipidphase eindringen, wegen der polaren Sulfatgruppe aber nicht durchdiffundieren. Die Substanz wird sich daher bevorzugt an der Grenzfläche Membran/Extrazellulärraum verteilen. Auch die anionische Substanz SDS stabilisiert in niedrigen und destabilisiert in höheren Konzentrationen gegen osmotische Hämolyse (Remien, unveröffentlichte Daten, Walther Straub Inst. für Pharmakologie und Toxikologie, München).

Äthylen-diamin-tetraessigsäure (EDTA) bindet divalente (z.B. Ca^{++}) und trivalente Kationen in Form stabiler Chelate. Die Substanz findet Anwendung z.B. bei arteriosklerotischen Gefäßveränderungen (Wirksamkeit zweifelhaft!), Sklerodermie, Digitalisüberdosierung, Verätzung der Hornhaut des Auges mit CaCO_3 , als Stabilisator in Injektions- bzw. Infusionslösungen und als Anti-koagulans in vitro. Weiterhin hat sich EDTA bei bestimmten Schwermetallintoxikationen bewährt. Dies gilt insbesondere für Blei, aber auch für Cadmium, Chrom und Plutonium, nicht jedoch für Quecksilber: Trotz Chelatbildung in vitro ist EDTA nicht als Antidot geeignet, da die Bindung dieses Schwermetalls an SH-Gruppen im Organismus stabiler ist. Rasche intravenöse Injekt-

tion von $\text{Na}_2\text{-EDTA}$ kann eine hypocalcämische Tetanie hervorrufen. Zur parenteralen Therapie wird daher $\text{CaNa}_2\text{-EDTA}$ benutzt, da es in dieser Form den Kalziumspiegel kaum stört; es wird aber über Nephrotoxizität (Schädigung der Tubuli) berichtet (vgl. z.B. 29). EDTA wurde für die vorliegende Arbeit gewählt, da es das sog. "resealing" verhindern kann. Diese Fähigkeit der Erythrozytenmembran, entstandene "Membranlecks" wieder zu schließen, erfordert die Anwesenheit divalenter Kationen (35).



Ca-Chelat von Dinatrium-EDTA

Membran und Pharmaka

Um eine eventuelle membranexpandierende Wirkung neurotroper Pharmaka zu untersuchen, wurde die Erythrozytenmembran wegen ihrer problemlosen Verfügbarkeit gewählt. Da der schichtweise Aufbau biologischer Membranen (hydrophil/lipophil/hydrophil) grundsätzlich übereinstimmt, kann sie als Modell für Untersuchungen mit den angeführten Pharmaka dienen. Es ist unklar, ob die Membranexpansion für die elektrophysiologisch stabilisierende Wirkung entscheidend ist. Bull et al. (12) beobachteten Membranexpansion bei anästhesierend wirkenden Alkoholen in gleichem Ausmaß wie bei unwirksamen. Dies führte sie zur Annahme, daß Membranexpansion eher ein zufälliger Nebeneffekt, nicht aber notwendig für die anästhesierende Wirkung sei.

Demgegenüber behaupten Mori et al. (48), daß für die Tiefe der Anästhesie die Größe des positiven Volumenexzesses entscheidend sein müsse. Volumenexzess ist definiert als Volumendifferenz des Systems Anästhetikum plus Lösungsmittel zur Summe der Einzelvolumina. Er ist negativ, wenn das Wirkstoffmolekül im Lösungsmittel komprimiert wird, wie die genannten Autoren dies für Enfluran, Isofluran und Halothan feststellten. Ein positiver Volumenexzess um etwa 10% wurde dagegen bei Lösung dieser Pharmaka in nichtpolaren Lösungsmitteln angegeben; der Volumenexzess von Enfluran bei Phospholipid-Vesikeln in wässriger Suspension sei ebenfalls positiv. Biologische Membranen hingegen expandieren nach Seeman (62) durch Eindiffusion von Anästhetika etwa zehnmals mehr, als dies durch das Van-der-Waals-Volumen der Wirkstoffmoleküle erklärt werden kann.

Die Wirkung von Pharmaka an der Erythrozytenmembran kann auf verschiedene Weise beobachtet werden. Der antihämolytische Effekt z.B. bezeichnet eine Verminderung der osmotischen Hämolysen. Bei Seeman (62) finden sich Angaben über die antihämolytische Wirksamkeit von über 100 neurotrophen Pharmaka. Die Annahme einer membranexpandierenden Wirkung kann den Effekt durch Vergrößerung der Oberflächenreserve erklären. Damit ist aber noch nicht gesagt, ob die Expansion primär (d.h. aktiv) oder erst nach mechanischer Belastung erfolgt.

Weiterhin induzieren amphiphile neurotrope Pharmaka Formänderungen an Erythrozyten (4, 7, 21, 30, 42, 47, 59, 67). Anionische Moleküle bilden stechapfelartige ("crenated") Zellformen (Echinozyten), kationische und neutrale dagegen Stomatozyten ("cup shapes"); die Formveränderungen sind nach Auswaschen des Pharmakons größtenteils reversibel; es besteht ein Antagonismus zwischen Echinozyten- und Stomatozytenbildnern (21, 47, 67). Die Formeffekte werden mit bevorzugter Eindiffusion in die äußere (→Echinozyten) bzw. innere (→Stomatozyten) Membranschicht begründet (67), da selektive Expansion nur einer Schicht Krümmung hervorruft. Dies erklärt zwar den Antagonismus, nicht aber die Frage, warum ausgerechnet Stechapfel bzw. Stomatozyten entstehen. Solche pharmakoninduzierten Formveränderungen werden von Seeman in seiner Übersichtsarbeit (62) als Argument für aktive (also spontane, mechanische Belastung nicht voraussetzende) Membranzusammenziehung herangezogen.

Dagegen fanden Conrad et al. (19, 20), daß Chlorpromazin und Chlorpromazin-Methojodid nur in nicht signifikantem Ausmaß an die Erythrozytenmembran gebunden werden. Die tatsächliche Löslichkeit amphiphiler Moleküle in den meisten Biomembranen sei um etwa 3 Zehnerpotenzen kleiner als in Phospholipid-Vesikeln; ein größerer "innerer Druck" in der Lipidphase schließe amphiphile Substanzen von der Eindiffusion aus. Diese Aussage stimmt überein mit den Arbeiten von Bondy et al. (6) und Leterrier et al. (43), wo ein Eindringen von CPZ in die Lipidphasen von Membranen in pharmakologisch relevantem Ausmaß verneint wird. Leterrier et al. vermuten, daß CPZ die Grenzfläche zwischen Phospholipiden und Membranproteinen bevorzugt, Bondy et al. sprechen hingegen von Lokalisation an der Membran/Wasser-Grenzfläche.

Gegenstand der vorliegenden Untersuchung ist der Einfluß der oben beschriebenen Pharmaka auf die mechanischen Eigenschaften der Erythrozytenmembran. Die Membran wurde zu diesem Zweck einerseits mechanischer Belastung durch Ultraschall und Scherkräfte in engen Kanälen ausgesetzt. Zum anderen wurde die Filtrierbarkeit von Erythrozytensuspensionen niedrigen Hämatokrits getestet. Es wird versucht, die Ergebnisse mit Hilfe eines viskoelastischen

Membranmodells zu deuten, um zur Diskussion über eine eventuelle primäre oder sekundäre (aktive oder passive) Membranexpansion beizutragen. "Primäre" oder "aktive" Membranexpansion beinhaltet, daß Wirkstoffmoleküle in die Membranphase eindiffundieren und eine Zunahme des Membranvolumens verursachen. "Sekundäre" oder "passive" Membranexpansion setzt eine tangential Belastung voraus, die den Eintritt von Molekülen in die Membran erst ermöglicht.

MATERIAL UND METHODIK (gemeinsamer Teil)

In diesem Abschnitt werden nur das Material und die Methodik beschrieben, die den drei Verfahren Ultraschallbehandlung, Scherkraftexposition und Desorptionmethode gemeinsam sind. Die spezielle Methodik findet in eigenen Kapiteln Erwähnung, die den jeweiligen Ergebnissen vorangestellt sind.

Suspensionsmedien

Als gepuffertes Medium zum Waschen von Erythrozyten und zur Herstellung einer Zellsuspension mit einem definierten Hämatokrit diente Parpat's (nur bei einem Teil der Ultraschallversuche) bzw. bei den anderen Versuchen "Phosphate Buffered Saline" (PBS).

Zur Herstellung von PBS wurden zunächst 0.4 molare Lösungen von Na_2HPO_4 und NaH_2PO_4 bereitet. Hiermit wurde dann eine 0.4 molare Pufferlösung auf pH 7.4 eingestellt. Die pH-Messung erfolgte mit einer Glas-Elektrode (Knick Digital pH-Meter, Typ 641). 25 ml Puffer und 9 g NaCl wurden dann mit Wasser auf 1000 ml aufgefüllt. Danach folgte noch die Bestimmung der Osmolarität nach dem Prinzip der Gefrierpunktserniedrigung mit dem Osmometer von Knauer, Typ Nr.7. Die Meßwerte schwankten zwischen 305 und 320 mosmol/l. Für die Herstellung von Puffer- und Wirkstofflösungen fand Aqua ad injectabilia Verwendung. Bei den Versuchen mit den 3μ dicken Filterkanälen wurde auch Aqua tridestillata benutzt, nachdem es mit Filtern von 0.8μ Porendurchmesser gereinigt worden war.

Herstellung der Suspensionen

Zur Gewinnung des Substrats für die Untersuchungen fanden neben Venenblut verschiedener Spender frische ACD-Konserven Verwendung, aber auch solche, die das Verfallsdatum bereits erheblich (bis zu 3 Monaten) überschritten hatten.

Das entnommene Blut wurde durch Zentrifugation bei 5000 U/min, Absaugen des Überstands und anschließende Zugabe von Puffer dreimal gewaschen und das zuletzt gewonnene Zellkonzentrat auf einen Hämatokrit von ungefähr 10 mit Puffer verdünnt. Der genaue Wert wurde dann mit Hilfe der Hämatokrit-Zentrifuge (Hämo-fuge, Heraeus) bei 12'000 U/min bestimmt, um schließlich durch nochmalige Verdünnung mit Puffer eine Suspension mit Hämatokrit 1% bzw. 2% herzustellen.

Pharmaka

Die allgemeinen Eigenschaften der benutzten Pharmaka sind bereits in der Einleitung beschrieben. Im einzelnen fanden folgende Stoffe Verwendung:

Chlorpromazin-HCL	Serva, Heidelberg
Chlorpromazin-methojodid	hergestellt im Hause, Lab. Wildenauer
Thiazinamium-methylsulfat	Bayer, Leverkusen
Thiopental-Na	Byk Gulden, Konstanz
2,2',2''-Trichlor-triäthylamin (HN3)	Ega-Chemie (jetzt Aldrich), Steinheim
Na ₂ -äthylendiamintetraessigsäure (EDTA)	Merck, Darmstadt
Na-dodecylsulfat (SDS)	Bio-Rad, Richmond, Calif.
Hydroxyäthylstärke (HÄS)	Fresenius, Oberursel/Ts

Einstellung der Wirkstoffkonzentrationen

Ausgehend von der höchsten im Probenmedium herzustellenden Konzentration wurde zunächst eine 100-fach stärkere wäßrige Lösung des Pharmakons zubereitet. Soweit die Wägegenauigkeit es erforderte, geschah dies auch über den Umweg einer noch höheren Konzentration und anschließendes Verdünnen.

Mit dieser Ausgangslösung wurde dann eine Verdünnungsreihe hergestellt, deren Werte dementsprechend um den Faktor 100 größer als die gewünschten Endkonzentrationen waren. Diese wurden dann erreicht, indem 10 µl aus der Verdünnungsreihe zu 1 ml Probensuspension hinzupipettiert wurden.

Leerwertproben erhielten das gleiche Volumen Wasser. Der Volumenfehler von 1% konnte dabei vernachlässigt und aus entsprechendem Grund auch auf die Pufferung der Wirkstoffverdünnungen verzichtet werden.

Bestimmung des intrazellulären Hämoglobins

Das freigesetzte Hämoglobin wurde nach Zentrifugation der Proben mit 11'600 U/min (Beckman Microfuge, Modell 152) durch seine Extinktion gegen Wasser bei 540 nm im Zeiss-Photometer (Typ PMQ 3) bestimmt. Ein Blindwert Wasser gegen Wasser mußte als Küvettenfehler von der Extinktion der Probe subtrahiert werden.

Die Hämoglobinfreisetzung diente bei der Ultraschall-Hämolyse und bei der Scherkraftmethode als Maß für die mechanische Schädigung der Zellen. Berechnet und in Abhängigkeit vom schädigenden Agens graphisch dargestellt wurde die intrazellulär verbliebene Hämoglobinfraktion nach der Gleichung

$$Y = 100 * (1-E/H).$$

Y = Prozent intrazelluläres Hämoglobin

E = Extinktion des Filtrats

H = Extinktion der vollständig hämolysierten Probe
(=Standard)

Kurvenanpassung: einfache e-Funktion

Für die Abnahme des intrazellulären Hämoglobins zeigte sich eine reproduzierbare nichtlineare Abhängigkeit von wachsender Beschallungszeit bzw. vom steigenden Druckgradienten im Porenkanal. An die Meßwerte konnte eine e-Funktion vom Typ

$$Y = A_0 * e^{-a*x}$$

angepaßt werden. Die Ordinate (Y) repräsentiert hierbei das intrazellulär verbliebene Hämoglobin in Prozent des als Erythrozytensuspension zur Beschallung bzw. Filtration gebrachten gesamten Hämoglobins. Auf der Abszisse (x) ist die Beschallungszeit in Sekunden bzw. der Druckgradient in mm Hg aufgetragen.

Der Ausgangswert A_0 entspricht der Kontrolle ohne Beschallung bzw. Filterpassage. Er wird dann kleiner als 100% sein, wenn z.B. durch hämolytischen Effekt der untersuchten Substanz oder durch hypotones Medium bereits Hämoglobin freigesetzt wird. Die Differenz zu 100% zeigt daher den von der mechanischen Belastung unabhängigen Anteil der Hämolysierung (vgl. hierzu auch "Ausschaltung der Vorhämolyse").

Der Koeffizient a des Exponenten ist ein Maß für die Empfindlichkeit der untersuchten Zellpopulation gegen mechanische Belastung. Nach Berechnung von

$$T_{1/2} = -\ln(2)/a$$

bzw. $P_{1/2} = -\ln(2)/a$

kann eine Halbwertszeit (bzw. ein Halbwertsdruck) angegeben werden, die (bzw. der) die Hälfte der ursprünglich eingebrachten Zellen zerstört (siehe hierzu Abb.2 bzw. 10).

Kurvenanpassung: doppelte e-Funktion

Wie im folgenden gezeigt wird, ist das Ein-Kompartiment-Modell bei allen Ultraschallversuchen gültig. Bei den Versuchen mit variablem Druckgradienten am Filter befriedigte die Anpassung an eine einfache e-Funktion allerdings nur bei relativ flachen Kurvenverläufen, d.h. wenn beim höchsten erzeugten Druckgradienten (500 mm Hg) das intrazelluläre Hämoglobin die 50%-Marke nicht wesentlich unterschritt, was vor allem bei Kontrollblut im isotonen Medium der Fall war (Abb.10).

Unter destabilisierenden Bedingungen hingegen erfolgte bei Annahme einer einfachen e-Funktion ein zu steiler Abfall im Druckbereich unter 100 mm Hg, darüber ein zu flacher (siehe Ergebnisse der Scherkraftmethode). Bessere Ergebnisse erbrachte dann die Anpassung an eine doppelte e-Funktion der Form

$$Y = A_0 * e^{-a*x} + B_0 * e^{-b*x},$$

- Y = Prozent intrazelluläres Hämoglobin
- A₀, B₀ = zur Beschallung bzw. Filtration eingebrachtes intrazelluläres Hämoglobin, die Subpopulation A oder B betreffend
- a, b = Koeffizient im Exponenten; bezeichnet die Empfindlichkeit der jeweiligen Subpopulation gegen Ultraschall bzw. Scherkräfte

Dieses Modell beschreibt zwei Subpopulationen (A und B) in der untersuchten Erythrozytensuspension. Die angepaßten Parameter A₀ und B₀ geben den prozentualen Anteil der jeweiligen Subpopulation an, deren unterschiedliche Empfindlichkeit gegen mechanische Belastung wiederum durch die Koeffizienten a bzw. b angezeigt wird. Der Ausdruck 100% - A₀ - B₀ ergibt die von der mechanischen Belastung unabhängige Vorhämolyse (vgl. einfache e-Funktion). Beispiele für doppelte e-Funktionen zeigen Abb.10 (überalterte ACD-Konserven) und 8 (Daten mit 11 cP Viskosität).

Kurvenanpassung: das Rechnerprogramm

Die gesuchten Parameter der einfachen und der doppelten e-Funktion wurden aus den Meßwerten mit Hilfe eines Rechnerprogramms auf der Grundlage des Gauss-Newtonschen Iterationsverfahrens berechnet. Hierzu mußten erst Näherungswerte gefunden werden, was bei einer einfachen e-Funktion leicht durch Logarithmieren und lineare Regression möglich ist.

Bei der doppelten e-Funktion wurden zur ersten Näherung zunächst nur Meßwerte aus dem flachen Kurventeil (längere Beschallungsdauer bzw. höhere Druckwerte) herangezogen. Die senkrechten Abstände zwischen der so ermittelten Funktion und den Werten aus dem steilen Kurventeil dienten als Stützpunkte für die Regressionsrechnung der zweiten Funktion. Die Aufteilung der Meßpunkte in steilen und flachen Teil erfolgte gemäß der kleinsten Summe der Fehlerquadrate.

Das Iterationsverfahren selbst wird bei Pfeffer (51) und Krüger-Thiemer et al. (39) ausführlich beschrieben. Es benutzt Hartley's Modifikation der Gauss-Newtonschen Methode. Dieses least square Verfahren ermittelt mit Hilfe der partiellen Ableitungen in jeder Iteration einen Vektor der Verbesserungen für die geschätzten Parameter. Hartleys Korrekturverfahren, modifiziert nach Metzler, soll diesen Vektor mit Hilfe eines quadratischen Interpolationsverfahrens verbessern und so die Konvergenz beschleunigen bzw. "in manchen Fällen erst ermöglichen" (51).

Mit zunehmender Güte der Anpassung muß die Summe der Abweichungsquadrate einem Minimum zustreben. Ändert sich die Streuung im Vergleich zur vorangegangenen Iteration um einen genügend kleinen Faktor (10^{-4} bis 10^{-6} erschienen praktikabel), kann abgebrochen werden.

Da nichtlineare Regressionsverfahren mehrere Fehlerminima erbringen können, erscheint ein Test auf Nebenminima geboten: Die "Lattice Search"-Routine ändert im Anschluß an die Gauss-Newton-Iterationen alle Schätzparameter um den $\pm$ -zehnfachen Wert des zugehörigen 95%-Konfidenz-Intervalls in 200 Teilschritten und prüft auf eine Parameterkonstellation, die geringere Restvarianz, also bessere Anpassung ergibt.

Das in der vorliegenden Arbeit benutzte Rechnerprogramm (Ausdruck im Anhang) wurde in Basic speziell für die hier beschriebene Auswertung in Anlehnung an Pfeffer (51) erstellt. Es wurden Fehlerausgänge geschaffen, z.B. für Matrix-Singularität, zu große oder zu kleine Zahlen usw. Eine ALGOL-Version des Gauss-Newtonschen Iterationsverfahrens findet sich bei Krüger-Thiemer et al. (40).

Streuung - Signifikanz

Das Rechnerprogramm liefert auch die Standardabweichung für die 2 bzw. 4 Schätzparameter. Da die Anzahl der Stützpunkte mit Blick auf die Anpassung an eine einfache e-Funktion gering gehalten wurde, ergibt sich für die Parameter der doppelten e-Funktion ein entsprechend hohes Streuungsmaß: Ein

großer Teil der Versuche lieferte 6 Stützpunkte, was bei 4 anzupassenden Parametern 2 Freiheitsgraden entspricht. Bei den Messungen mit variablem Druckgradienten im Filterkanal existieren sogar solche mit nur 4 Stützpunkten. Mit diesen läßt sich das Anpassungsverfahren an 4 Parameter zwar grundsätzlich durchführen, wegen 0 Freiheitsgraden aber keine Streuung berechnen.

Die geringe Zahl der Stützpunkte hatte allerdings zur Folge, daß das angenommene Modell der doppelten e-Funktion durch die Meßpunkte in den meisten Fällen nicht bestätigt werden konnte, da Signifikanz zweier Parameter gegen 0 Voraussetzung dafür ist, die Existenz eines Kompartiments annehmen zu können.

Verfehlt der Koeffizient a des Exponenten der Funktion die Signifikanz, dann kann er nicht als von 0 verschieden angesehen werden, der Ausdruck

$$e^{-a \cdot x}$$

wird gleich 1 und es bleibt dann nur noch $Y = A_0$ als Abszissenparallele übrig. Wird A_0 nicht signifikant, so kann das gesamte Kompartiment

$$A_0 \cdot e^{-a \cdot x}$$

nicht durch die Meßpunkte bestätigt werden. Es bleibt dann eventuell nur das andere Kompartiment mit den Parametern B_0 und b , mit welchen ebenso zu verfahren ist.

Sind hingegen beide Kompartimente signifikant von 0 verschieden, so muß geprüft werden, ob sie auch tatsächlich zwei verschiedene Kompartimente darstellen, d.h. ob ihre Parameter a und b gegeneinander signifikant sind.

Berechnung der Medianwerte und des Interquantilsbereichs

Der Median wurde in der vorliegenden Arbeit dem arithmetischen Mittel wegen seiner Robustheit gegen "Ausreißer" vorgezogen. Als Streuungsmaß diente der Bereich zwischen den Quantilen $p=0.25$ und $p=0.75$, in dem definitionsgemäß 50% der Beobachtungen liegen. Außerdem offenbart die Lage des Medians zwischen den Quantilen auch eine eventuelle Schiefe der Verteilung. Median- und Quantilwerte wurden durch ein Rechnerprogramm ermittelt, dem die Definition des Quantils p -ter Ordnung (24, S.101) zugrunde lag. Danach muß dieser Wert folgenden zwei Ungleichungen genügen:

$$P(X \leq x_p) \geq p,$$
$$P(X \geq x_p) \geq (1-p); \quad \text{für } (0 < p < 1).$$

X = Zufallsvariable (z.B. % intrazelluläres Hämoglobin)

x_p = gesuchtes Element aus der Menge der Beobachtungen (=Quantil p -ter Ordnung)

P = Wahrscheinlichkeit für das Zutreffen des in Klammern stehenden Ausdrucks

p = Wahrscheinlichkeit, die die Ordnung des Quantils festlegt

Genügen mehrere x_p obiger Bedingung, so werden sie arithmetisch gemittelt. Der zugehörige Algorithmus ist den im Anhang mit abgedruckten Quellprogrammen "MEDIAN" bzw. "QUANT" zu entnehmen. Er läßt die Bearbeitung geringer Fallzahlen zu und bewirkt z.B. für $N=2$ die Auswahl des kleineren bzw. größeren Werts als entsprechendes Quantil und die Bildung des arithmetischen Mittels für den Median. Dies ist für die automatische Bearbeitung von Reihen mit unterschiedlicher Fallzahl der korrespondierenden Meßpunkte (siehe unten) von Bedeutung, wobei N gelegentlich sogar gleich 1 ist.

Die Berechnung der Medianwerte korrespondierender Punkte erfolgte zunächst bei Mehrfachmessung eines Individuums. Soweit die Meßreihen vergleichbar waren, wurden dann mit den einander entsprechenden Medianwerten verschiedener Individuen unter gleicher Wichtung erneut Median und Interquantilsbereich errechnet.

Die Vergleichbarkeit der Messungen an verschiedenen Individuen wurde im Rahmen der Auswertung auch dann als gegeben angesehen, wenn sich die Intensitätsfolgen des jeweiligen schädigenden Agens nicht genau überlappten (z.B. wenn die Verdünnungsreihen des Pharmakons sich in einzelnen Werten unterschieden). Dies hat bei den gemittelten korrespondierenden Meßpunkten unterschiedliche Fallzahlen zur Folge, welche aus den Tabellen zu den graphischen Darstellungen (im Anhang) im einzelnen zu entnehmen sind.

Unter "Individuum" wird hier die Zellsuspension verstanden, die für den betreffenden Versuchstag eigens aus gewaschenen Erythrozyten hergestellt wurde. Dabei ist nicht auszuschließen, daß eine Person mehrmals als Frischblutspender diente. Analoges gilt für die ACD-Konserven, aus denen mehrmals Proben entnommen wurden. Trotz identischen Spenders wurden unterschiedliche Individuen angenommen, da die Ansätze (behandlungsfertige Suspension, Wirkstoffverdünnungen usw.) jedesmal neu bereitet wurden und die Zellpopulationen an den verschiedenen Versuchstagen unterschiedlich alt waren.

In den Abbildungen wird unterhalb bzw. oberhalb des Medianwertes das 25. bzw. das 75. Perzentil markiert, wenn Mittelungen verschiedener Individuen vorgestellt werden.

Berechnung der Prozentdifferenz gegen unbehandelte Zellen

Die Mittelung der Beobachtungsgrößen "Prozent intrazelluläres Hämoglobin" bzw. "Prozent Erythrozyten auf Filter" selbst ist bei den Dosis-Wirkungs-Kurven nicht sinnvoll. Aufgrund der interindividuellen Streuung oder von Fehlern bei den am gleichen Individuum wiederholten Meßreihen liegen solche Kurven unterschiedlich hoch. Um bei der Mittelung der Wiederholungsmessungen am gleichen Individuum und der verschiedenen Individuen möglichst nur den Effekt des Pharmakons zu erhalten, wurde für jeden Meßwert mit Wirkstoff die Prozentverschiebung gegen die Kontrolle ohne Wirkstoff berechnet. Für jede Pharmakon-Verdünnungsreihe existiert mindestens eine solche Kontrolle. Im Fall mehrerer Kontrollen innerhalb einer Meßreihe wurde das arithmetische Mittel herangezogen. Bei der Desorptionsmethode erfolgte für jede einzelne Wirkstoffverdünnung eine eigene Kontrollmessung ohne Wirkstoff (siehe dort).

Nach der Gleichung

$$D = P - K$$

D = Prozentverschiebung

P = Prozent intrazelluläres Hämoglobin unter Pharmakoneinfluß

K = Prozent intrazelluläres Hämoglobin ohne Pharmakon

bewirkt ein stabilisierender Effekt ein Abweichen in positiver, ein destabilisierender in negativer Richtung. Die so erhaltenen Prozentdifferenzen wurden schließlich zur Ermittlung der Lageparameter (Median und Quantil) weiter verwendet.

Zwei Prinzipien der Dosis-Wirkungs-Messung

Bei den Ultraschallversuchen wie bei den Messungen mit Druckdifferenz am Filter wurde die Dosis-Wirkungs-Beziehung nach zwei verschiedenen Prinzipien erhalten: Entweder wurde Beschallungszeit bzw. Druck variiert und für jede Wirkstoffkonzentration eine angepaßte Kurve erhalten, oder es wurde nach Ermittlung der halbmaximal schädigenden physikalischen Größe diese konstant gehalten und nur die Konzentration der untersuchten Wirksubstanz variiert. Näheres siehe bei der Beschreibung des Versuchsaufbaus der jeweiligen Methodik.

Verarbeitung der Funktionen zu Dosis-Wirkungs-Kurven

Um aus den vom Rechnerprogramm angepaßten Funktionen eine Dosis-Wirkungs-Beziehung zu gewinnen, mußte eine Umrechnung erfolgen: Aus der angepaßten e-Funktion, die durch Messung ohne Pharmakonzusatz (Kontrolle) erhalten wurde, läßt sich ein Halbwert ermitteln (siehe oben). Anwendung dieser Beschallungszeit bzw. dieser Druckdifferenz schädigt unbehandelte Erythrozyten halbmaximal. Setzt man diesen Halbwert als x-Wert in die gesamte Schar der angepaßten Funktionen, die mit Pharmakonzusatz erhalten wurden, ein, so ergeben sich Prozente intrazellulär verbliebenen Hämoglobins, die den einzelnen Wirkstoffkonzentrationen zuzuordnen sind. Hat der untersuchte Wirkstoff keinen Einfluß auf die mechanische Fragilität der Erythrozyten unter Beschallung bzw. Scherkräften, verbleiben 50% des Hämoglobins intrazellulär. Bei stabilisierenden bzw. destabilisierenden Effekten sind es entsprechend mehr bzw. weniger.

Wenn der Kontroll-Halbwert ohne Pharmakon wiederholt bestimmt wurde, so daß für die Kontrolle mehrere einfache e-Funktionen angepaßt werden konnten, erfolgte Bildung des arithmetischen Mittels der angepaßten Parameter (a ; Koeffizient im Exponenten) und Umrechnung in den Halbwert gemäß $x_{1/2} = -\ln(2)/a$.

Ausschaltung der Vorhämolyse

Einsetzen des obigen Kontroll-Halbwerts in die angepaßte "Kontrollfunktion" selbst kann nicht genau 50% ergeben, da die angepaßte Funktion an der Stelle 0 (sec bzw. mm Hg) normalerweise unter 100% intrazellulärem Hämoglobin lag. In der angepaßten einfachen e-Funktion bezeichnet der Koeffizient A_0 (bzw. die Summe A_0+B_0 bei der doppelten e-Funktion) den Prozentsatz des zu Beginn der mechanischen Belastung eingebrachten intrazellulären Hämoglobins im Vergleich zu dem ursprünglich in der frisch bereiteten Erythrozytensuspension befindlichen. Allein während der Bereitung des beschallungs- bzw. filterfertigen Ansatzes hat eine geringe Hämolyse bis zu etwa 5%-7% stattgefunden. Hinzu kommt noch ein eventueller hämolysierender Effekt aufgrund erniedrigter Osmolarität oder durch das Pharmakon selbst, so daß der "Startwert" A_0 (bzw. A_0+B_0) bei den verschiedenen Kurven mehr oder weniger unter 100% liegt. Die Differenz zu 100% ergibt das Ausmaß der Vorhämolyse (siehe Kurvenanpassung).

Diese nicht durch die gezielte physikalische Behandlung verursachte Schädigung läßt sich rechnerisch eliminieren, indem man in der angepaßten einfachen e-Funktion den Koeffizienten A_0 gleich 100 setzt. Damit wird ein neuer 100%-Punkt definiert, der dem zur Beschallung bzw. zur Filterbehandlung gebrachten intrazellulären Hämoglobin entspricht. Einsetzen des Halbwerts

der Kontrolle in deren angepaßte und auf diese Weise normalisierte e-Funktion selbst ergibt dann zwangsläufig genau 50%. Der Halbwert der Kontrolle entspricht als Maß für die Empfindlichkeit unbehandelter Zellen der halbmaximalen Vorschädigung bei den direkt (d.h. mit fixer Beschallungszeit bzw. Druckdifferenz) gemessenen Dosis-Wirkungs-Kurven.

Einsetzen dieses Kontroll-Halbwerts in die zur jeweiligen Wirkstoffkonzentration gehörige normalisierte Funktion und Berechnung der Prozentverschiebung gegen den Kontrollwert intrazellulären Hämoglobins (50%) justiert den maximalen "Zeigerausschlag" für den Pharmakoneffekt auf $\pm 50\%$, wobei Abweichung nach positiven Werten Stabilisierung bedeutet, nach negativen Destabilisierung (siehe oben). Eine etwaige pharmakoninduzierte oder sonstwie durch Vorbehandlung verursachte "Spontanhämolyse" tritt demgemäß nicht mehr in Erscheinung. Bei der Methode mit konstant gehaltenem halbmaximal schädigenden Wert ist eine solche Rechenkorrektur nicht möglich. Der "Zeigerausschlag" ist nicht auf $\pm 50\%$ begrenzt und die Vorhämolyse ist anderweitig zu berücksichtigen (z.B. durch Parallelmessung ohne Filterbehandlung, siehe spezielle Methodik).

Mittelung der verschiedenen Dosis-Wirkungs-Kurven

Als Mittelung bei Mehrfachmessung eines Individuums wie auch für die Daten verschiedener Individuen wurde der Medianwert der korrespondierenden Meßpunkte gewählt. Dabei erfolgte die Mittelung wiederholter Beobachtung desselben Individuums vorrangig, so daß ein jedes mit gleicher Wichtung in die Gesamtaussage eingeht. Bei Mittelung verschiedener Individuen wurde zusätzlich als Streuungsmaß der Bereich zwischen den Quantilen $p = 0.25$ und $p = 0.75$ angegeben. In diesem Interquantilsbereich liegen 50% der Beobachtungen.

Nach dem bisher Gesagten verbietet sich die Mittelung von Dosis-Wirkungswerten, wenn sie aus verschiedenen Methoden (direkt oder über e-Funktionen) erhalten wurden. Während die ersteren das Gesamthämoglobin der ursprünglich bereiteten Erythrozytensuspension als Standard besitzen, wird bei den anderen der 100%-Wert durch rechnerisches Eliminieren der Vorhämolyse neu definiert. Es handelt sich somit um zwei verschiedene Prozent-Skalen. Die abgebildeten Dosis-Wirkungs-Kurven stammen also entweder von dem einen oder dem anderen Verfahren. Im folgenden wird vereinfacht von "direkter" bzw. "indirekter" Methode gesprochen.

Erhaltung einer statistischen Aussage

Die angegebenen Werte bei beiden Methoden stellen normalerweise Mediane von Prozentdifferenzen zur Kontrolle dar, die durch Beobachtung verschiedener Individuen gewonnen wurden. Zu jeder mittleren Differenz existiert als Streuungsmaß der 50%-Interquantilsbereich. Bei einigen Dosis-Wirkungs-Kurven wurde nur ein Individuum untersucht. In diesem Fall fehlt die Angabe des Interquantilsbereichs.

Da sich innerhalb dieser Streugrenzen definitionsgemäß 50% der Meßwerte bewegen, entspricht der halbe Interquantilsbereich dem 0.675-fachen der Standardabweichung: $\pm 0.675 \cdot s$ schließt ebenfalls 50% der Beobachtungen ein (siehe statistische Tabellenwerke unter "z-Werte"). Division des halben Interquantilsbereichs durch 0.675 bringt daher auf einfache Weise einen Näherungswert für die Standardabweichung der Prozentdifferenz. Dieser Wert wurde zusammen mit der mittleren Prozentdifferenz für die Berechnung des Prüfmaßes t im Student'schen Test für verbundene Stichproben benutzt. Der Test wurde für jede Wirkstoffkonzentration (bzw. Osmolaritätsstufe) eigens im paarweisen Vergleich mit der Kontrolle durchgeführt, um eine Irrtumswahrscheinlichkeit (P -alpha: falsch positiv) für die Annahme eines statistischen Unterschieds zu ermitteln. Wenn nicht anders angegeben, gilt für die Entscheidung "signifikant oder nicht" das 5%-Niveau.

Signifikanztest mit angepaßten Funktionen

Wenn für einen bestimmten Zweck nur 1 Individuum getestet wurde, konnte der t -Test auf Unterschiede zwischen verschiedenen Wirkstoffkonzentrationen bzw. Osmolaritätsstufen trotzdem dann ausgeführt werden, wenn wiederholt gemessen wurde. Die Aussage bleibt dann auf dieses Individuum beschränkt. Der wiederholten Messung vergleichbar ist es auch, wenn zur Kurvenanpassung geeignete Daten vorliegen. Dann konnte nämlich die Differenz der korrespondierenden Meßpunkte für den gepaarten t -Test herangezogen werden. Beispielsweise wurden auf diese Weise Versuchsreihen mit variabler Beschallungszeit verglichen, die mit unterschiedlich osmolarem Suspensionsmedium durchgeführt worden waren. Es konnten Aussagen über signifikante Unterschiede bezüglich der intrazellulär verbliebenen Hämoglobinfraction gemacht werden (siehe Ergebnisse der Ultraschallmethode).

Da zur Ausschaltung der Vorhämolyse möglichst nur auf Unterschiede zwischen den Halbwerten getestet werden soll, müssen alle Meßpunkte durch den Koeffizienten A_0 der angepaßten e -Funktion dividiert werden. Erneute Anpassung an diese normalisierten Punkte wird alle e -Funktionen für $x=0$ durch den gleichen Punkt $y=1$ gehen lassen (abgesehen vom Schätzfehler). Meßpunkte, die

aufgrund Vorhämolyse weniger intrazelluläres Hämoglobin anzeigen, würden ohne diese Normalisierung höhere Differenzen gegenüber der Kontrollreihe aufweisen und daher die Signifikanz fälschlich erhöhen. Bei Verwendung der so normalisierten Meßpunkte kommt aber nur eine durch Pharmakoneinfluß veränderte Empfindlichkeit gegenüber dem schädigenden Agens zum Tragen. Der Weg über die Normalisierung der Meßpunkte hatte auch den Vorteil, daß bereits vorhandene Rechnerprogramme für den gepaarten t-Test benutzt werden konnten.

Signifikanztest mit Regressionsgeraden

Die Untersuchungen mit verschiedenen Osmolaritätsstufen der Erythrozytensuspensionen im Rahmen der Scherkraftmethode (Druckgradient im Filterkanal) ergaben im Bereich von 200 bis 300 mosmol/l einen deutlichen linearen Zusammenhang zwischen angewandter Osmolarität und der resultierenden Prozentverschiebung intrazellulären Hämoglobins gegen die Werte in isotoner Suspension (siehe Ergebnisse).

Besonderes Interesse galt hierbei der Frage nach Unterschieden in der Empfindlichkeit gegenüber osmotischen Veränderungen unter dem zusätzlichen Einfluß verschiedener Bedingungen wie z.B. Aufbewahrungsdauer der Zellen. Als Parameter für die osmotische Empfindlichkeit der Erythrozyten wurde die Steilheit der Regressionsgeraden herangezogen, die an die Meßpunkte (Prozentverschiebung gegen mosmol/l) angepaßt wurde. Zur Prüfung auf Signifikanz der Regressionskoeffizienten gegeneinander diente auch hier der Student'sche t-Test. Die Berechnung des Prüfmaßes t geschah nach der Formel für den Vergleich zweier Regressionskoeffizienten (vgl. hierzu 56, S.341).

Benutzte Rechner und Programme

Für die Auswertung der Meßergebnisse stand ein Olivetti-Computer, Modell P6060 mit 24 kbyte Anwenderspeicher zur Verfügung. Die Basic-Programme wurden selbst erstellt und umfassen Aufbereitung der Originaldaten (Extinktion), Verwaltung der Versuchsdateien, statistische Analysen (Kurvenanpassung an einfache und doppelte e-Funktionen und Polynome, Mittelung von Versuchsreihen, Signifikanztests; siehe oben) und Darstellung der Ergebnisse (Tabellen, hochauflösende Punktgraphik).

Die mit Olivetti-P6060 erreichbare Qualität der Punktgraphik erschien für die Publikation allerdings nicht ausreichend. Die in der vorliegenden Arbeit gezeigten graphischen Darstellungen wurden daher mit Hilfe eines XY-Plotters der Fa. Watanabe, Modell WX 4671, ausgeführt. Zur Steuerung des Plotters

wurden Basic-Programme für einen Commodore-Rechner, Modell 3032 mit 32 kbyte Anwenderspeicher, erstellt. Sie veranlassen das Zeichnen und Beschriften von Abszisse und Ordinate sowie das Eintragen von Meßpunkten mit selbstgewählten Symbolen (neben dem ASCII-Zeichensatz stehen noch 16 weitere Symbole zur Verfügung). Die Meßpunkte können durch Geraden automatisch verbunden werden. Weiterhin kann eine Funktion ($y=f(x)$), z.B. eine an die Meßdaten angepaßte Kurve) eingezeichnet werden. Abszissen- bzw. ordinatenparallele Markierungslinien (gestrichelt) sind ebenfalls möglich. Für Abszisse und Ordinate kann linearer oder logarithmischer Maßstab gewählt werden. Eintragen eines "Nullwerts" (z.B. Kontrolle mit Wirkstoffkonzentration = 0) außerhalb der logarithmischen Achse ist möglich.

Das Zeichnen von Schrifttypen und Sonderzeichen wird ebenfalls vom Basic-Programm übernommen, da die im Prozessor des Plotters implementierten Zeichen teilweise unübersichtlich sind und nur 16 Zeichengrößen sowie 4 Schreibrichtungen gewählt werden können. Die hier entwickelte programmgesteuerte Zeichenausgabe erleichtert das Beschriften von graphischen Darstellungen durch den Plotter. Die Plotter-Programme sind in drei Aufgabenbereiche unterteilt: Zeichnen von Diagrammen, Beschriften mit Texten und Erstellen beliebiger eigener Schriftzeichen und Symbole durch den Anwender.

Die im folgenden stichpunktartig beschriebenen Basic-Quellprogramme für Olivetti P6060 sind im Anhang in der gleichen Reihenfolge abgedruckt. Daran anschließend finden sich die Graphik-Programme für Commodore/Watanabe.

INPUT, INPUT1, INPUT2: Eingabe der Originaldaten (z.B. Extinktion und zugehörige Druckdifferenz) mit Standards, letztere wahlweise für jede Extinktion eigens oder Mittelwertbildung für einen gemeinsamen Standard/Meßreihe; Berechnung % intrazelluläres Hb unter Berücksichtigung eines Küvettenfehlers und eines Volumenkorrekturfaktors; Abspeicherung von Daten und erklärenden Textzusätzen in Sequentialfiles, Formatierung der Files (4 Zeilen, n Spalten) für alle anderen hier aufgeführten Programme (Ausn.: FMIX und FPRTAB) gültig; Korrekturmöglichkeiten für eingegebene oder bereits abgespeicherte Daten; Tabellenausdruck.

CMD, CMD1: Abfrage der gewünschten Kurvenanpassung (einfache/doppelte e-Funktion, Polynom bis max. 9.Grades) und der Parameter für die graphische Darstellung (z.B. lineare/logarithmische Achse, Formate, Wertebereiche, Bildlegenden usw.); auch Eintragen der Meßwerte ohne angepaßte Funktion oder Punktverbindung durch Geraden möglich; Darstellen der Werte mit frei wählbaren Symbolen oder als Säulendiagramm; Steuerung der nachfolgenden 9 Auswertungs- und Graphikprogramme (FITEFN bis PRIDIS); Auftragsvergabe möglich für mehrere Bilder mit jeweils mehreren Meßreihen (o.a. Auswertungsmöglichkeiten frei kombinierbar), anschließende selbständige Abarbeitung durch die Programme.

FITEFN: Anpassung an einfache e-Funktion, s. Methodik (Kurvenanpassung).

FITPOL: Anpassung an Polynom.

PEEL2, FITEF2: Anpassung an doppelte e-Funktion, s. Methodik (Kurvenanpassung).

PLOT0, KMARK, XYLOT: Graphik-Programme: Vorbereitung der Koordinatenachsen, Markierung der angepaßten Funktionen, Graphik-Ausführung.

PLTAB: Bildlegenden, evtl. mit angepaßten Parametern, auf Wunsch mit Wertetabellen.

PRIDIS: Optische und akustische Meldung, daß alle Aufträge ausgeführt sind, mit der Möglichkeit, Nachrichten an nachfolgende Benutzer zu hinterlassen.

RESID: Residuals Meßdaten gegen angepaßte Funktion (gemessen - berechnet), Abspeichern in Sequentialfile.

FNXYI: Umwandlung einer Kurvenschar angepaßter Funktionen (mit verschiedenen Wirkstoffkonzentrationen erhalten), in Dosis-Wirkungs-Beziehung (Berechnung der Funktionswerte an (mehreren) beliebigen Stellen, Abspeichern in Sequentialfiles.

DPROZ: Berechnung der %-Differenzen zur Kontrolle (Meßwert mit Pharmakon - Meßwert ohne, benutzt für Ultraschall- und Scherkraft-Daten); Lesen der Originaldaten aus Sequentialfiles, automatisches Aufsuchen der "Wirkstoffkonzentrationen Null", daraus evtl. Mittelwertbildung, Abspeichern der %-Differenzen in Sequentialfiles.

FDIFF: Differenz korrespondierender y-Werte (mit gleichem x) aus 2 Datenfiles (benutzt für Daten der Desorptionsmethode), Abspeichern.

FUSION: Zusammenfassen zweier Datenfiles, x-Werte werden steigend sortiert; dient zur Vorbereitung für Programme MEDIAN und QUANT.

MEDIAN: Medianwerte der korrespondierenden y-Werte (mit gleichem x) aus fusionierten Datenfiles, auf Wunsch nach Klassenbildung; Abspeichern der Ergebnisse mit zugehörigem x-Wert, Fallzahl und Interquantil 50.

QUANT: Wie Median; Abspeichern von Quantil 25 und Quantil 75 anstelle von Interquantil 50 und Medianwert (eigenes File nötig wegen vorgegebener Formatierung).

AMSD: Arithmetische Mittelwerte, analog wie MEDIAN; Abspeichern von $\bar{y}$ und Standardabweichung anstelle von Medianwert und Interquantil 50.

TTVHW: Verbundener t-Test korrespondierender y-Werte (mit gleichem x) aus 2 Datenfiles, nach Wunsch mit Normalisierung (Division durch Koeffizienten der angepaßten e-Funktion); Ausdruck t und Freiheitsgrade.

TTUREG: Test zweier Regressionskoeffizienten gegeneinander; Ausdruck t und Freiheitsgrade.

PTFG: Berechnung der Irrtumswahrscheinlichkeit P-alpha (für falsch positive Annahme eines Unterschieds) aus t und Freiheitsgraden bei zweiseitiger Fragestellung.

FMIX: Zusammenstellung eines Datenfiles mit Formatierung der Daten in m Zeichen und n Spalten, Zeilenanzahl also nicht mehr auf 4 fixiert wie bei bisheriger Formatierung; Dateneingabe manuell oder beliebige Zeilen aus anderen Datenfiles (mit n Spalten) in beliebiger Reihenfolge; dient der übersichtlicheren Zusammenstellung von Tabellen aus Originaldaten bzw. Auswertungsergebnissen.

FPRTAB: Ausdruck von Tabellen mit m Zeichen und n Spalten; bei $n \geq 10$ Ausgabe in Zehnergruppen, da max. 10 Werte/Zeile; pro Wert max. 5 Textspalten; Gleitkomma-darstellung mit 3 Stellen (1 für Vorzeichen, evtl. 1 für Dezimalpunkt); Exponentialdarstellung mit 2 Stellen für Mantisse, 1 für Vorzeichen des Exponenten, 1 für Exponent (Format: $n_1.n_2 \pm e$); auf Exponentialdarstellung negativer Zahlen wurde zugunsten räumlicher Sparsamkeit verzichtet, da beim vorliegenden Datenmaterial keine Notwendigkeit dazu bestand.

PLIST: Formatiertes Listen von P6060-Basic-Programmen mit Sprungzielmarkierung; Zeilen/Seite und Spalten/Seite wählbar, linker und rechter Rand einstellbar; automatische Seitenformatierung; bei Basic-Zeilen, die Sprungziel sind, Angabe der Zeilennummer, die Sprunganweisung enthält.

PLOTTER, PLOT-DIAGRAM, PLOT-TEXT: Graphik-Programme für Commodore-Rechner 3032/8032 und Watanabe-Plotter: Erstellen beliebiger Symbole und Schriftzeichen, Zeichnen von Diagrammen, Beschriften mit Texten; nähere Beschreibung siehe oben.

DISKUSSION DER METHODIK

Ausschaltung der Vorhämolyse

Aus einer Schar angepaßter einfacher e-Funktionen (eine Kurve pro Konzentration) wurde wie beschrieben der Prozentsatz intrazellulären Hämoglobins berechnet und der Einfluß diverser Pharmaka auf diese Größe ermittelt. Eine solche Messung kann einfacher auch direkt durch geeignete Wahl der Beschallungszeiten bzw. Druckgradienten durchgeführt werden. Allerdings wird die 50-prozentige Vorschädigung auf diesem Weg nicht zuverlässig genug erreicht, so daß die Vergleichbarkeit der Messungen untereinander dadurch leiden kann. Weiterhin läßt sich die pharmakoninduzierte oder sonstwie verursachte Hämolyse nicht durch einfache Rechnung korrigieren.

Andererseits kann das rechnerische Eliminieren der nicht durch die physikalische Behandlung (Ultraschall bzw. Scherkraft) verursachten Hämolyse dazu führen, daß aus der ursprünglich vorhandenen Population gewaschener Erythrozyten nur eine etwas robustere "Elite" in der Auswertung berücksichtigt wird.

Sieht man nun einen stabilisierenden Einfluß des Pharmakons gegenüber der Kontrolle, so mag dieser zum Teil auch dadurch entstanden sein, daß ein hämolysierender Pharmakoneffekt rechnerisch beseitigt wurde, wo sich sonst zwei gegensinnige Effekte überlagert hätten. Ebenso könnten die nach Pharmakonhämolyse verbleibenden Erythrozyten auch gegen den physikalischen Stress unempfindlicher sein und so eine Stabilisierung der Gesamtpopulation vortäuschen.

Kritisch muß die rechnerische Ausschaltung der Vorhämolyse allerdings dann gewürdigt werden, wenn durch Vorbehandlung bereits ein großer Anteil der Erythrozyten zerstört wurde und damit die Zahl der untersuchten Zellen gegenüber dem Gesamthämoglobin klein ist. Die Korrektur eines geringen Restes intrazellulären Hämoglobins auf 100% multipliziert auch den Meßfehler, so daß "Ausreißer" zu erwarten sind. Als Beispiel kann die Ultraschall-Messung mit höheren Konzentrationen von Na-dodecylsulfat genannt werden, siehe Ergebnisteil.

Mittlung der Halbwerte

Da oft pro Individuum mehrere Kontrollen ohne Wirkstoff gemessen wurden, mußte ein geeigneter Weg zur Mittlung der Halbwerte gefunden werden. Dabei kommt die arithmetische Mittlung des angepaßten Parameters im Exponenten (a) mit anschließender Rückrechnung auf den Halbwert der besten Lösung näher als die Mittlung der Halbwerte selbst. Dies wird ersichtlich, wenn man den gemittelten Halbwert des Kontrollblutes in die angepaßten Kontrollblut-Funktionen selbst wieder einsetzt und so Werte um 50% intakte Zellen erhält, deren Mittelwert wiederum nicht, wie eigentlich zu fordern wäre, genau 50% beträgt.

Bei den üblicherweise innerhalb eines Individuums nicht stark streuenden Kontrollwerten wurde der mit diesem Mittlungsverfahren verursachte Fehler von im allgemeinen unter 1% vernachlässigt. Der umständlichere Weg, die Rechnung mit jedem Kontroll-Halbwert zu wiederholen (um dadurch im Einzelfall genaue 50% zu erhalten), und die korrespondierenden Werte für die einzelnen Wirkstoffkonzentrationen zu mitteln, wäre zwar exakt gewesen, konnte aber so vermieden werden.

Gleiche Wichtung der direkten und der indirekten Methode

Da für jedes Individuum mehrere angepaßte Kurven bei unterschiedlichen Wirkstoffkonzentrationen erhalten wurden, läßt sich auch bei der indirekten Methode nach erfolgter Umrechnung die angewandte Konzentration gegen den Effekt in Form der Prozente intrazellulären Hämoglobins graphisch auftragen und so eine mit der direkten Methode vergleichbare Darstellung erreichen.

Bei den nach der direkten Methode gewonnenen Dosis-Wirkungs-Kurven fanden für ein Individuum mehrere Messungen unter identischen Bedingungen statt. Aus den korrespondierenden Meßpunkten konnte der Medianwert berechnet werden. Der Weg über die angepaßten e-Funktionen dagegen ergab pro Individuum entsprechend den unterschiedlichen Wirkstoffkonzentrationen mehrere Kurven mit ihren Kennparametern, aus denen sich wiederum eine einzelne Dosis-Wirkungs-Kurve errechnen ließ. Da aber auch beim "indirekten" Vorgehen jeder Kurvenpunkt (Wirkstoffkonzentration, Prozent) aus mehreren Stützpunkten (Druck, Prozent) durch Kurvenanpassung gemittelt worden war, sind die aus beiden Methoden gewonnenen Kurven als Mittelwert eines Individuums anzusehen und können beim Vergleich der Individuen ohne groben Fehler gleich gewichtet werden.

VERSUCHSAUFBAU DER ULTRASCHALLMETHODE

Mit Ultraschall behandelt wurden Erythrozytensuspensionen von einem Hämatokrit zwischen 0.3% und 5%. Beobachtungsgröße war die Freisetzung von Hämoglobin in Abhängigkeit von der Zeit. Dabei wurde geprüft, ob sich die Empfindlichkeit der Zellpopulation unter Einfluß von Chlorpromazin, Na-dodecylsulfat, trifunktionalem Stickstofflost (HN3) sowie in Medien mit erhöhter oder erniedrigter Osmolarität ändert. Als isotones Suspensionsmedium diente Parpat's oder "Phosphate Buffered Saline" (PBS).

Versuchsanordnung

Für die Erzeugung des Ultraschalls standen Geräte der Fa. Measuring & Scientific Equipment Ltd. (MSE), 25-28 Buckingham Gate, London S.W.1, zur Verfügung. Die genaue Modellbeschreibung und Arbeitsanleitung findet sich in "MSE Technical Publication No.70". Von den Anweisungen der Bedienungsanleitung wurde nicht abgewichen.

Der Schall hatte eine Frequenz von 20 kHz und wurde auf die Suspension mit Hilfe eines vertikal schwingenden Metallstabes übertragen, der an seiner Unterseite plan geschliffen war. Zum Gerät wurden 2 zylindrische Stäbe mit 9,5 und 19 mm Durchmesser und ein exponentiell sich verjüngender Stab mit 3 mm Enddurchmesser mitgeliefert. Alle Stäbe bestanden aus Titan. Der kleinere zylindrische Stab erbringt eine größere Schallamplitude in der Probenflüssigkeit, also mehr übertragene Schallenergie. Diese ist jedoch auf einen kleineren Bereich konzentriert. Der "exponentielle" Stab dient zur Beschallung kleinerer Probenmengen bis 5 ml. Zur Beschreibung des Zubehörs siehe "MSE Publication No.502". Außerdem wurden noch Stäbe benutzt, welche die Hauswerkstatt aus Stahl angefertigt hatte. Diese Stäbe unterschieden sich nur durch den Flächenquerschnitt an der Unterseite voneinander.

Als Parameter für die mit einem bestimmten Stab übertragene Schallenergie ließ sich dessen vertikale Auslenkung in μm (Peak to Peak) am Gerät ablesen. Der Ablesefehler muß mit etwa 0.2μ eingeschätzt werden. Die Einstellung der Amplitude erfolgte in Pufferlösung oder Wasser. Zur Beschallung befanden sich die Proben in Bechergläsern (25 ml) mit ca. 15 ml Inhalt, zumeist aber in Eppendorf-Cups mit 1 ml Inhalt.

Im Rahmen der Vorversuche (deren Ergebnisse nicht weiter angeführt werden) erwies es sich hinsichtlich Größe und Reproduzierbarkeit der Effekte als günstig, nur den exponentiell dünner werdenden Titanstab mit 3 mm Enddurchmesser zu benutzen und die Beschallung in Eppendorf-Cups (1 ml) vorzunehmen. Für die nachfolgend beschriebenen Versuchsergebnisse wurde dies beibehalten.

Zum Teil wurden die Beschallungszeiten mittels Stoppuhr und manueller Betätigung des EIN/AUS-Schalters eingestellt, was aber nur für Zeiten ab etwa 5 Sekunden mit genügend geringem relativen Fehler möglich war. Für die späteren Versuche wurde daher eine Schaltuhr aus dem Photolabor in den Stromkreis des EIN/AUS-Schalters zwischengeschaltet, was die Einhaltung kürzerer Zeiten (bis ca. 0.2 sec) ermöglichte.

Ausführung

Entweder wurden zunächst Proben mit einem Hämatokrit von 5% beschallt und daraus 66 μ l zu 1 ml 0.9-prozentiger NaCl pipettiert, um dies zu zentrifugieren und freigesetztes Hämoglobin photometrisch zu bestimmen, oder es erfolgte gleich die Herstellung eines entsprechend niedrigen Hämatokrits (0.3% bis 0.4%), um mit dieser Suspension entsprechend zu verfahren.

Normalerweise wurden die Versuche mit steigenden Beschallungszeiten vorgenommen. "0 sec" bedeutet unbeschallte Kontrollprobe. Beobachtet wurde jeweils die Hämoglobinfreisetzung im Verlauf länger werdender Beschallungsdauer. Nach einer Kontrollreihe ohne Pharmakon folgte Wiederholung für verschiedene Konzentrationen.

Bei 2 Versuchen (mit Na-dodecylsulfat) wurde die Dosis-Wirkungs-Beziehung direkt gemessen, indem nach einer Kontrollreihe die Halbwertszeit bestimmt (siehe "Kurvenanpassung") und Proben mit verschiedener Wirkstoffkonzentration nur für diese konstante Zeit beschallt wurden.

Standards

Die 100%-Standards wurden nach folgendem Vorgehen erhalten:

- 1) Einfrieren bei -22°C im Tiefkühlraum für mindestens eine Stunde und anschließendes Auftauen.
- 2) 100 μ l Probe in 0.9 ml Wasser pipettieren. Abgelesener Extinktionswert multipliziert mit 10.
- 3) Beschallung genügender Dauer und Intensität, um alle Zellen zu hämolysieren: 60 - 120 sec, teilweise 30 min, bei einer Amplitude von 4 - 6 μ m.
- 4) 0.066 ml Suspension Hämatokrit 5 in 1 ml Wasser (wenn bei den Proben gleich verfahren wurde).

Pro Versuch fanden Mehrfachbestimmungen des Standards nach verschiedenen Methoden statt, um daraus das arithmetische Mittel zu bilden.

Viskositätsmessung

Um die Viskosität von Erythrozytensuspensionen zu bestimmen, die mit 10% bzw. 20% Hydroxyäthylstärke versetzt waren, wurde für das Haake-Viscometer eine Eichkurve mit Aceton, Aqua demin., konzentrierter Essigsäure, Anilin und Äthylenglykol bei 40°C erstellt. Während der Ultra-Beschallung wurde Erwärmung auf etwa diese Temperatur festgestellt. Für jede Substanz wurden dreimal die Skalenteile abgelesen, gemittelt und gegen die bekannten Viskositätswerte aufgetragen. Die Angaben zur Viskosität der genannten Substanzen wurden dem CRC-Handbook of Chemistry and Physics (75) entnommen. Die Eichkurve ist in Abb.1 aufgetragen. Ein Skalenteil des Haake-Viscometers entspricht 0.21 ± 0.028 cP (Mittelwert $\pm$ Standardabweichung).

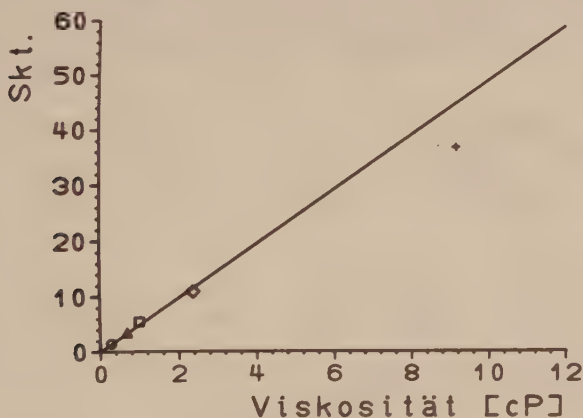


Abb.1

Eichkurve für das **Haake-Viscometer** mit Aceton, Aqua demin., konzentrierter Essigsäure, Anilin und Äthylenglykol bei 40°C. Für jede Substanz wurden dreimal die Skalenteile abgelesen, gemittelt und gegen die bekannten Viskositätswerte aufgetragen. Ein Skalenteil des Haake-Viscometers entspricht 0.21 ± 0.028 cP (Mittelwert $\pm$ Standardabweichung).

"○" = Aceton

"Δ" = Aqua demin.

"□" = konz. Essigsäure

"◇" = Anilin

"+" = Äthylenglykol

ERGEBNISSE DER ULTRASCHALLMETHODE

Normalbedingungen: Wie verläuft die Hämoglobinfreisetzung ohne Wirkstoffzusatz unter Anwendung variabler Beschallungszeit?

Die Hämoglobinfreisetzung aus Erythrozyten zeigt einfachen exponentiellen Verlauf in Abhängigkeit von der Beschallungszeit, wobei eine halbmaximal schädigende Beschallungsdauer (Halbwertszeit) angegeben und als Vergleichsmaß für die Empfindlichkeit der untersuchten Zellpopulationen benutzt werden kann. Mit dem beschriebenen Versuchsaufbau und einer Amplitude von 2μ "Peak to Peak" ergab sich eine Halbwertszeit von 7.2 sec (vgl. Abb.2). Sie wurde mit 30 Erythrozytensuspensionen ohne Wirkstoffzusatz in isotonem Medium ermittelt.

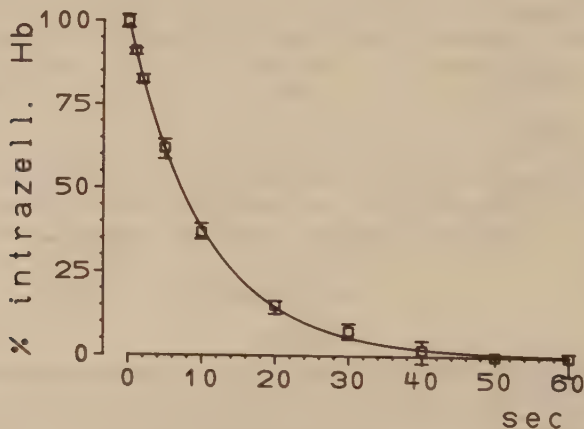


Abb.2

Prozent intrazellulär verbliebenes Hämoglobin in Abhängigkeit von der **Expositionszeit mit Ultraschall**. Untersucht wurden 30 Erythrozytenpopulationen von gesunden Spendern bzw. von ACD-Konserven. Horizontale Markierungen begrenzen den 50%-Interquantilsbereich. An die Meßdaten wurde eine einfache e-Funktion der Form $Y = A_0 * e^{-a*x}$ angepaßt.

Parameter:	$A_0 = 100$	$a = 0.0965$
Standardabw.:	$S_{A_0} = 1.09$	$S_a = 0.003025$
Halbwertszeit:	$t_{1/2} = 7.183 \text{ sec}$	
	(95%-Konfidenzintervall: 6.767 bis 7.650)	

Die Abb.2 zeigt hierzu den entsprechenden Kurvenverlauf. Es wurde eine einfache e-Funktion an die mit dem Medianwertprogramm gemittelten korrespondierenden Meßpunkte (Beschallungszeit, % Hämoglobin) dieser 30 Kontrollsuspensionen angepaßt. Davon wurden 27 Ansätze unter Verwendung von Blut aus ACD-Konserven hergestellt, deren Aufbewahrungsdauer innerhalb der angegebenen Verfallsgrenzen lag. Für die übrigen 3 Ansätze wurde wiederholt Venenblut eines Spenders verarbeitet. Zwischen den Halbwertszeiten aller Kontroll-Ansätze bestand kein auffälliger Unterschied.

Bei allen Ultraschall-Versuchen mit variabler Beschallungszeit erbrachte die Anpassung an eine doppelte e-Funktion (im Vergleich zur einfachen) keine geringere Restvarianz, also keine höhere Güte der Anpassung. Von insgesamt 143 Meßreihen mit variabler Beschallungszeit waren bei nur 5 Anpassungen alle zwei Kompartimente (d.h. alle 4 Parameter) statistisch signifikant gegen 0; bei weiteren zwei waren ein Kompartiment und eine zusätzliche abszissenparallele Komponente (d.h. der Koeffizient A_0 bzw. B_0) signifikant (zur Signifikanz der Kompartimente siehe näheres unter "Streuung"). Betrachtet man es nun als falsch positive Aussage, wenn zusätzlich zu den beiden Parametern eines Kompartiments wenigstens noch die Abszissenparallele des anderen signifikant wird, so liegen diese 7 falsch positiven Aussagen entsprechend dem hier geforderten Signifikanzniveau von 5% im Bereich des erwarteten alpha-Fehlers.

Von den 5 Beschallungsreihen mit "signifikantem" Zwei-Kompartiment-Modell waren allerdings in zwei Fällen die Kompartimente nicht gegeneinander signifikant, was noch zusätzlich gegen die Annahme des Zwei-Kompartiment-Modells bei den Ultraschall-Versuchen spricht. Dagegen liefert das Ein-Kompartiment-Modell befriedigende Anpassungen und in allen Fällen (mit und ohne Pharmakon) statistisch gegen 0 signifikante Parameter. Auch bei den in Abb.2 gezeigten Medianen der Kontrollen wird die Annahme eines 2-Kompartiment-Modells durch die Meßpunkte nicht bestätigt. Die Parameter der einfachen e-Funktion sind jedoch beide von 0 verschieden ($p \leq 0.05$).

Wie ändert sich die Ultraschallfragilität von Erythrozyten in Suspensionen **veränderter Osmolarität** im Vergleich zur isotonen Kontrolle?

Aus den im folgenden geschilderten Ergebnissen läßt sich auf eine höhere Ultraschallfragilität von osmotisch geschwollenen und eine Stabilisierung von osmotisch geschrumpften Erythrozyten schließen.

Die Versuche wurden mit einer etwa 2 1/2 Monate alten ACD-Konserve durchgeführt. Die Osmolarität ist in Gewichtsprozent der NaCl-Verdünnung angegeben. Für jede Osmolaritätsstufe kamen 5 verschiedene Beschallungszeiten zur Anwendung, um an die Meßdaten (% intrazellulär verbliebenes Hämoglobin) einfache e-Funktionen anzupassen und jeder Osmolarität eine Halbwertszeit zuzuordnen.

Tabelle der Halbwertszeiten

Die osmolaritätsabhängige Empfindlichkeit gegen Ultraschall ist mit der zur jeweiligen NaCl-Konzentration gehörigen Halbwertszeit tabellarisch dargestellt:

g% NaCl:	0.5	0.75	1.0	1.5	2.0	3.0
HWZ(sec):	0.75	0.87	0.87	1.2	2.2	2.8
$p \leq 0.05$:	s.	n.s.	---	s.	s.	s.

Zur Prüfung jeder NaCl-Verdünnungsstufe auf signifikant veränderte Ultraschall-Fragilität der darin suspendierten Erythrozyten wurden die Daten der Meßreihe mit 1g%-NaCl als Referenz genommen und der Student'sche Differenztest für verbundene Stichproben ausgeführt. Zur Korrektur des Einflusses einer etwaigen hypotonen Hämolyse wurden die Meßpunkte mit Hilfe der zugehörigen Koeffizienten A_0 normalisiert (siehe Methodik unter: Signifikanztest mit angepaßten Funktionen). Der Test ergab für 0.75% NaCl keine Signifikanz ($P\text{-alpha} = 85\%$), für alle übrigen einen signifikanten Unterschied zur Kontrolle mit 2.9- bis 3.2-prozentiger Irrtumswahrscheinlichkeit.

Im Bereich von 0.75 g% bis 1 g% NaCl kann demnach für die untersuchte ACD-Konserve eine veränderte Ultraschallfragilität nicht angenommen werden. Verdünnung der NaCl-Konzentration auf 0.5% erhöht aber die Fragilität, Steigerung der Konzentration auf mindestens 1.5% vermindert dagegen die Fragilität der untersuchten Erythrozyten unter Ultraschallbehandlung.

Graphische Darstellung Prozent gegen Osmolarität

Abb.3 stellt die Abhängigkeit des intrazellulär verbliebenen Hämoglobins von der Osmolarität des Suspensionsmediums (dimensioniert in g% NaCl) bei definierter Beschallungszeit und -intensität (0.87 sec, $\text{Ampl.} = 4\mu$) graphisch dar. Aus den angepaßten einfachen e-Funktionen (Prozent als Funktion der Zeit) wurde durch Einsetzen von 0.87 sec (Halbwertszeit der Messung mit einprozentiger Natriumchlorid-Lösung) der Prozentanteil des Hämoglobins

errechnet, der unter dieser im isotonen Medium halbmaximal schädigenden Beschallungszeit intrazellulär verbleibt. Eine vor Beschallung möglicherweise bereits stattgefundene osmotische Hämolyse wurde berücksichtigt; das Auswertungsverfahren ist im gemeinsamen methodischen Teil beschrieben.

In Abb.3 ist die Prozentdifferenz intrazellulären Hämoglobins zur Kontrolle gegen die eingestellte NaCl-Verdünnung aufgetragen. Die Figur zeigt eine deutliche hypertone Stabilisierung im Gegensatz zur relativ geringen Fragilitätssteigerung, die sich im Suspensionsmedium mit 0.5 g% NaCl einstellte. Unter dieser Osmolarität hat der Erythrozyt eine fast sphärische Form angenommen, denn mit 0.46 g% NaCl wurde bereits Hämolyse beobachtet. Die geringe Destabilisierung von ca. 5% ist also von relativ großer Volumenzunahme begleitet, die deutliche Stabilisierung von ca. 30% dagegen von vergleichsweise kleiner Volumenabnahme.

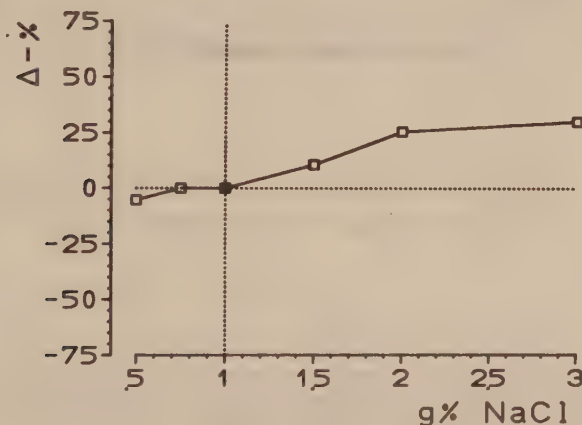


Abb.3

Einfluß der Osmolarität des Suspensionsmediums auf die Ultraschallfragilität von Erythrozyten. Die Stabilisierung im hypertonen Bereich ist deutlich größer als die Fragilitätssteigerung im hypotonen Medium. Die Prozentwerte wurden aus angepaßten einfachen e-Funktionen unter Berücksichtigung der osmotischen Hämolyse errechnet.

"Δ%" = Prozentdifferenz intrazellulären Hämoglobins
(Meßwert minus Kontrollwert mit 1 g% NaCl)

"■" = Kontrollwert

Ändert Chlorpromazin die Ultraschallfragilität von Erythrozyten im isotonen Medium?

Chlorpromazin (CPZ) ändert die Ultraschallfragilität von Erythrozyten in isotonem Suspensionsmedium nicht. Die Untersuchung der roten Blutkörperchen eines Frischblutspenders sowie aus zwei frischen und einer seit etwa 2 Monaten verfallenen ACD-Konserve ließ weder einen stabilisierenden noch einen destabilisierenden Effekt dieses Pharmakons erkennen.

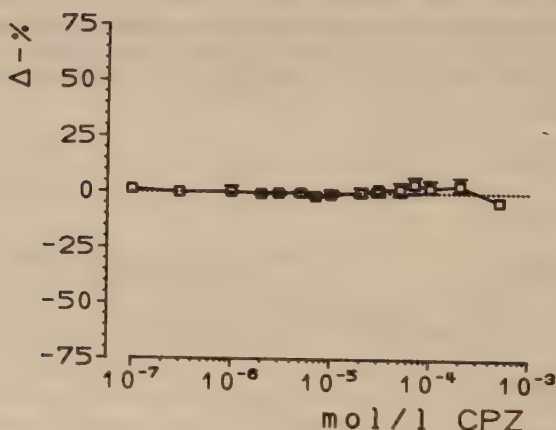


Abb. 4

Einfluß von Chlorpromazin (CPZ) auf die Ultraschallfragilität von Erythrozyten. Auf dem 5%-Signifikanzniveau zeigt sich kein Unterschied zur Kontrolle. Die Prozentwerte wurden aus angepaßten einfachen e-Funktionen unter Berücksichtigung der pharmakoninduzierten Hämolyse errechnet. Untersucht wurden Erythrozyten eines Frischblutspenders, zweier frischer und einer überalterten ACD-Konserve.

"Δ%" = Prozentdifferenz intrazellulären Hämoglobins
(Meßwert minus Kontrollwert ohne CPZ)

Die Abb. 4 zeigt die zugehörige Dosis-Wirkungs-Beziehung. Die eingezeichneten Punkte bezeichnen die Mediane der korrespondierenden Beobachtungswerte der oben genannten 4 Individuen, ober- und unterhalb sind die entsprechenden 0.25- bzw. 0.75 Quantile markiert. Das Auswertungsverfahren nach Messung mit variabler Beschallungszeit umfaßt Kurvenanpassung, Berechnung der nach der Beschallungszeit $t_{1/2}$ (Werte siehe unten) intrazellulär verbliebenen Hämoglobinfraction für jede CPZ-Konzentration unter Berücksichtigung der phar-

makoninduzierten Hämolyse; weiterhin Berechnung der wirkstoffbedingten Prozentverschiebungen gegen die Kontrolle für jedes Individuum sowie Bildung der Mediane und Quantile aus den so ermittelten korrespondierenden Werten der 4 Individuen. Das grundsätzliche Vorgehen ist im methodischen Teil nachzulesen.

Die halbmaximal schädigende Beschallungszeit $t_{1/2}$ betrug für die Kontrollen der vier Individuen 7.4, 7.5, 8.1, 1.1 sec. Die niedrige Halbwertszeit des letzten Ansatzes beruht darauf, daß bei diesem Versuch aus technischen Gründen eine andere Schalterstellung am Ultraschallgerät gewählt werden mußte, die eine erhöhte Schallamplitude von etwa 4μ "Peak to Peak" bedingte (sonst ca. 2μ). Wegen der Definition einer halbmaximal vorschädigenden Bedingung sind die Prozentdifferenzen zur jeweiligen Kontrolle dennoch mit den Ergebnissen bei den anderen Individuen vergleichbar. Der Student'sche Differenztest wurde für jede angewandte Konzentration eigens durchgeführt. Signifikante Unterschiede in der Ultraschall-Fragilität zwischen CPZ-inkubierten Erythrozyten und den Kontrollpopulationen ergaben sich auf dem 5%-Niveau nicht.

Ändert Natrium-dodecylsulfat die Ultraschallfragilität von Erythrozyten im isotonen Medium?

Die Versuchsergebnisse erbringen keinen Anhalt für einen Effekt von Na-dodecyl-sulfat (SDS) auf die Ultraschall-Fragilität von isoton suspendierten Erythrozyten. Es wurde sowohl die direkte Methode (mit fixer Beschallungszeit) als auch die indirekte (Berechnung des Dosis-Effekts aus angepaßten e-Funktionen) angewandt, die Meßergebnisse der ersteren finden sich in Abb.5. Nur das direkte Vorgehen erbrachte den Nachweis eines destabilisierenden Effektes bei höherer SDS-Konzentration, der hier aber nicht durch Erhöhung der Ultraschallfragilität, sondern durch pharmakoninduzierte Hämolyse verursacht wurde. Mit keiner der beiden Methoden konnte eine stabilisierende Wirkung von Na-dodecylsulfat nachgewiesen werden, jedenfalls nicht auf dem Signifikanzniveau von 5%.

a) direkte Methode

Bei zwei Ansätzen (Konservenblut) wurden die mit verschiedenen starken Wirkstoffkonzentrationen vorinkubierten Proben direkt 8 bzw. 10 sec mit Ultraschall behandelt. Das entspricht den unmittelbar zuvor ermittelten Halbwertszeiten der Kontrolle ohne Pharmakon. Aus den korrespondierenden Prozentdifferenzen zur Kontrolle wurden dann Mediane und Quantile berechnet (vgl. Methodik) und in Abb.5 graphisch dargestellt.

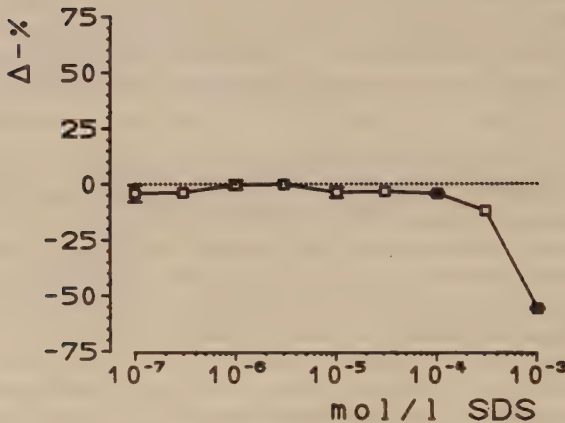


Abb.5

Einfluß von **Na-dodecylsulfat** (SDS) auf die Ultraschallfragilität von Erythrozyten. Es konnte kein Effekt von SDS auf die Fragilität nachgewiesen werden. Die Destabilisierung bei höheren Konzentrationen geht auf pharmakon-induzierte Hämolyse zurück (s. Text). Die Proben wurden einer fixen Beschallungszeit von 8 bzw. 10 sec unterworfen (entspricht den zu Versuchsbeginn ermittelten Halbwertszeiten aus den Kontrollmessungen ohne SDS). Untersucht wurden zwei Populationen aus Konservenblut.

"Δ%" = Prozentdifferenz intrazellulären Hämoglobins
(Meßwert minus Kontrollwert ohne SDS)

Die statistische Auswertung der Ergebnisse dieser Methode erweist lediglich mit 1 mikromolarer Na-dodecylsulfat-Lösung eine auf dem 0.5%-Niveau signifikante destabilisierende Wirkung, die mehr als 55% beträgt. Auffällig sind noch eine Destabilisierung von etwa 4% in 0.1 millimolarer Wirkstofflösung, die aber nur auf dem 10%-Niveau signifikant wird, und eine von ca. 12% mit einer SDS-Konzentration von 0.3 $\mu\text{mol/l}$, für die wegen der Fallzahl 1 keine statistische Irrtumswahrscheinlichkeit angegeben werden kann. Allerdings werden die letztgenannten schwachen Effekte eher durch die Kontrollmessung ohne SDS verursacht sein, deren Abweichungsfehler nach oben die Kurve nach unten verschiebt; dies läßt jedenfalls die graphische Darstellung vermuten.

b) indirekte Methode

Erythrozyten aus zwei ACD-Konserven wurden mit unterschiedlichen SDS-Konzentrationen vorbehandelt, die halbmaximal schädigende Beschallungszeit betrug für die zwei Individuen 9.6 und 6.1 sec. Die aus den angepaßten Kurven ermittelten Werte erbringen auf dem 5%-Niveau keine Signifikanz in stabilisierender oder destabilisierender Richtung, auch die größte gefundene positive Prozentverschiebung (von 4.6%) gegen die Kontrolle weist eine Irrtumswahrscheinlichkeit von 40% auf. Zwar kann die Ursache dafür auch in der Fallzahl 2 gesehen werden; ob eine genauere Untersuchung mit vernünftigen Fallzahlen noch einen stabilisierenden Effekt aufzeigt, erscheint aber hinsichtlich minimaler Effekte in der Nachbarschaft des fraglichen Meßwerts (also um 50 $\mu\text{mol/l}$) zweifelhaft.

Für die Destabilisierung bei höheren SDS-Konzentrationen können die vorliegenden Ergebnisse auch keinen Anhalt liefern. Wie in der Diskussion der Methodik ausgeführt, sind die Berechnungen unter Ausschaltung der Vorhämolyse dann ungenau, wenn eine solche in größerem Umfang tatsächlich stattgefunden hat. Dies war bei den vorliegenden Versuchen mit Konzentrationen ab 0.2 mmol/l der Fall (über 90% pharmakoninduzierte Hämoglobinfreisetzung!). Dementsprechend sind die ermittelten Werte ab dieser Konzentration widersprüchlich (deutliche Destabilisierung neben fehlendem Effekt), so daß eine Beurteilung des von der pharmakoninduzierten Vorhämolyse unabhängigen destabilisierenden Effekts nicht sinnvoll ist und die Ergebnisse nicht graphisch dargestellt werden.

Der destabilisierende Effekt

In diesem Zusammenhang soll noch einmal darauf hingewiesen werden, daß bei dem direkten Verfahren mit fixer Beschallungszeit eine rechnerische Eliminierung der pharmakonbedingten Hämolyse nicht möglich ist, die dort vorgefundene Destabilisierung mit höheren SDS-Konzentrationen kann daher auch schon vor der Ultraschallbehandlung stattgefunden haben.

Berücksichtigt man nun die durch höhere SDS-Konzentrationen bedingte Vorhämolyse von über 90%, so kann dies allein schon die mit direkter Methode vorgefundene größte Prozentverschiebung von mehr als 55% gegenüber der Kontrolle ohne SDS erklären, da der Originalwert intrazellulären Hämoglobins der Kontrolle bei ungefähr 60% lag. Ob die wenigen noch übrigen Zellen nun auch noch zusätzlich eine erhöhte Empfindlichkeit gegenüber Ultraschall besitzen, läßt sich daher mit diesen Ergebnissen nicht beantworten.

Wie wirkt **Stickstoff-Lost** auf Erythrozyten einer ca. 2 bis 3 Monate alten ACD-Konserve?

Inkubation von Erythrozyten mit trifunktionalem Stickstoff-Lost (HN3) zeigte keinen bedeutsamen Effekt auf deren Ultraschallfragilität im Vergleich zur Kontrolle ohne Pharmakon.

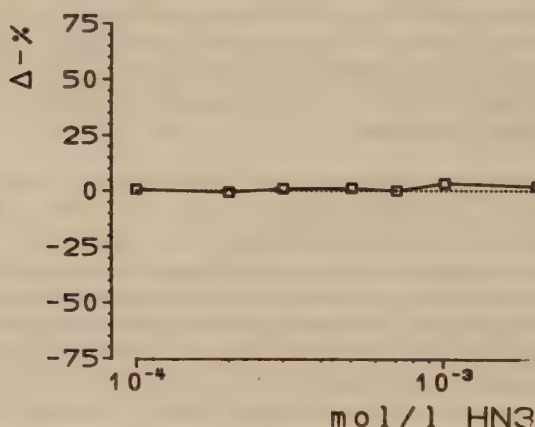


Abb.6

Kein nachweisbarer Einfluß von **trifunktionalem Stickstoff-Lost (HN3)** auf die Ultraschallfragilität von Erythrozyten aus einer überalterten ACD-Konserve. Die Prozentwerte wurden aus angepaßten einfachen e-Funktionen unter Berücksichtigung der pharmakoninduzierten Hämolyse errechnet.

"Δ%" = Prozentdifferenz intrazellulären Hämoglobins
(Meßwert minus Kontrollwert ohne HN3)

Verfahren und Versuchsauswertung sind analog zu den Versuchen mit Chlorpromazin (Kurvenanpassung, Prozentverschiebung gegen Kontrolle). Allerdings wurde hier nur ein Individuum untersucht, so daß für die einzelnen Konzentrationen keine mit den anderen Pharmakon-Tests vergleichbaren Parameter (Medianwert korrespondierender Meßpunkte, Interquantilsbereich) vorliegen.

Bei der Auswertung wurde daher wie beim Versuch mit variabler Osmolarität vorgegangen (vgl. dort), da für jede HN3-Verdünnung (wie auch für die beiden Kontrollen ohne Wirkstoffzugabe) mehrere Meßpunkte mit variierten Beschallungszeit vorlagen. Die korrespondierenden Punkte der beiden Kontrollen wurden gemittelt und als Referenzreihe gegen die Messungen mit HN3 benutzt. Der Student'sche Differenztest ließ sich nun wieder mit Hilfe der

normalisierten Meßpunkte ausführen (näheres s. Methodik unter: Signifikanztest mit angepaßten Funktionen) und so die Ergebnisse für eine bestimmte Wirkstoffkonzentration auf signifikanten Unterschied gegen die Werte ohne HN3 prüfen.

Dabei ergaben sich für 0.2 mmol/l und für 0.5 mmol/l Unterschiede mit 12- und 18-prozentiger, für 1 mmol/l und für 2 mmol/l mit 5- und 10-prozentiger Irrtumswahrscheinlichkeit; beim Vergleich der restlichen Daten wird P-alpha noch größer. Das sonst immer geforderte 5%-Signifikanzniveau wird also in keinem Fall erreicht. Die Prozentverschiebungen gegen die Kontrolle sind in Abb.6 graphisch dargestellt. Die halbmaximal vorschädigende Beschallungszeit betrug für die ca. 2 1/2 Monate alte ACD-Konserve 0.93 sec bei einer Amplitude von 4μ .

Wie ändert sich die Ultraschallfragilität von Erythrozyten in Suspensionsmedien unterschiedlicher Viskosität?

Die Ergebnisse lassen bei erhöhter Viskosität des Suspensionsmediums auf eine verminderte Empfindlichkeit der untersuchten Erythrozyten gegen Ultraschall schließen. Weiterhin zeigt der Verlauf der Meßpunkte mit steigender Viskosität zunehmende Ähnlichkeit mit einer doppelten e-Funktion (2-Kompartiment-Modell).

Für die in Abb.7 und 8 gezeigten Kurven wurden wiederholt Proben aus derselben ACD-Konserve entnommen. Die Ergebnisse mit normaler Viskosität (Suspension mit Hämatokrit 0.4% in PBS) stellen die drei mit "○", "△" und "□" markierten Kurven dar. Die Viskositäten von 5.5 cP und 11 cP wurden durch Zusatz von Polyhydroxyäthyl-Stärke eingestellt. Die Konzentration betrug 10- bzw. 20 Gewichtsprozent; vgl. hierzu auch Beschreibung der Viskositätsmessung. Für die Viskosität von 5.5 cP gelten die Kurven "▲" und "■", für 11 cP die Kurve "◆". Zum optischen Vergleich der jeweiligen Anpassungsgüte wird die Anpassung an die einfache (Abb.7) und die doppelte (Abb.8) e-Funktion vorgestellt. Vor allem bei der höchsten Viskosität ("◆") ergibt die doppelte e-Funktion die bessere Anpassung (d.h. geringeren Standardfehler der Schätzung, $s_{y,x}$; vgl. den Ausdruck der Kurvenparameter zu Abb.7 und 8), bei den beiden Kurven für 5.5 cP ist der Unterschied weniger ausgeprägt, während sich unter Normalbedingungen die einfache Funktion besser anpassen läßt.

Die Streuungsparameter der doppelten Funktion ließen allerdings nur bei Kurve "■" (5.5 cP) zwei Kompartimente auf dem 5%-Niveau gegen 0 und gegeneinander signifikant werden. Die anderen Messungen ergaben keine signifikanten Kompartimente bzw. für Kurve "□" nur eines. Demnach kann die Zwei-

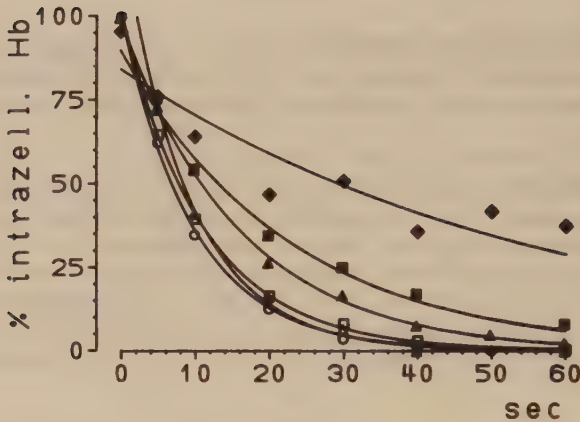


Abb.7

Einfluß der Viskosität des Suspensionsmediums auf die Ultraschallfragilität. Die Erythrozyten entstammen einer ACD-Konserve. Die Viskositäts-erhöhung erfolgte durch Zusatz von Hydroxyäthyl-Stärke (HÄS).

"○", "△", "□" = 1.0 cP; Puffer ohne Zusatz von HÄS
 "▲", "■" = 5.5 cP; HÄS 10%
 "◇" = 11.0 cP; HÄS 20%

An alle 6 Meßpunktreihen sind einfache e-Funktionen angepaßt.

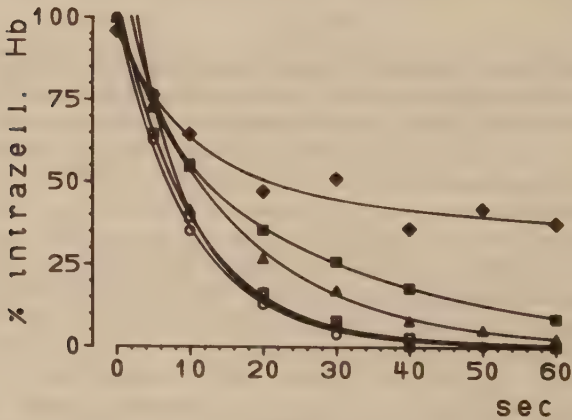


Abb.8

Einfluß der Viskosität des Suspensionsmediums auf die Ultraschallfragilität. Die Daten sind mit denen aus Abb.7 identisch; es wurden dieselben Symbole zur Markierung der Meßpunkte benutzt. An alle 6 Meßpunktreihen sind doppelte e-Funktionen angepaßt. Diese geben vor allem bei höherer Viskosität bessere Anpassungen als die einfache e-Funktion (vgl. Abb.7).

Kompartiment-Hypothese auch für höhere Viskositäten nur durch die bessere Anpassung und den optischen Eindruck des Verlaufs der Meßpunkte gestützt werden, einen Signifikanztest übersteht die Alternativhypothese aber (wohl wegen zu geringer Zahl der Meßpunkte) bis auf die genannte Ausnahme nicht.

Demgegenüber ergab Anpassung der einfachen e-Funktion für alle Meßreihen Signifikanz der Parameter A_0 und a gegen 0 ($p=0.05$). Die Halbwertszeiten der untersuchten Ansätze mit den zugehörigen 95%-Konfidenzintervallen sind hier noch einmal tabelliert:

Viskosität	Halbwertszeiten in sec (95%-Konfidenzintervall)		
	Versuch I	Versuch II	Versuch III
1 cP	7.6 (7.2-8.2)	6.3 (4.9-9.1)	6.7 (6.3-7.3)
5.5 cP	15.7 (13.7-18.5)	11.1 (10.5-11.7)	*
11 cP	38.8 (26.9-70.0)	*	*

* = nicht untersucht

Vergleicht man zwischen 2 Viskositätsstufen die größte Vertrauensbereichs-Obergrenze der niedrigeren Viskosität mit der kleinsten Vertrauensbereichs-Untergrenze der höheren Viskosität, so findet sich in keinem Fall eine Überlappung. Somit kann das Verhalten der Erythrozyten in den verschiedenen viskösen Medien als unterschiedlich betrachtet werden.

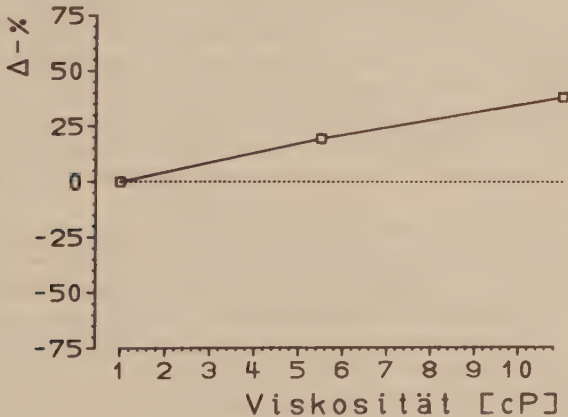


Abb. 9

Stabilisierender Einfluß erhöhter **Viskosität** des Suspensionsmediums auf die Ultraschallfragilität. Transformierte Daten aus Abb. 7: Die Prozentwerte wurden aus den angepaßten einfachen e-Funktionen errechnet. Die Daten gleicher Viskosität wurden gemittelt.

" $\Delta\%$ " = Prozentdifferenz intrazellulären Hämoglobins
(Meßwert minus Kontrollwert mit 1 cP)

Abb.9 zeigt zusätzlich die gewohnte Darstellung der Prozentverschiebung gegenüber dem Mittelwert der drei Kontrollen ohne Stärkezusatz (Viskosität 1cP) in Abhängigkeit von der Viskosität, um den protektiven Effekt des höher viskösen Mediums zu verdeutlichen. Wie bei den anderen Untersuchungen wurden diese Werte durch Verarbeitung der angepaßten einfachen e-Funktionen unter Ausschaltung der Spontanhämolyse gewonnen.

VERSUCHSAUFBAU DER SCHERKRAFTMETHODE

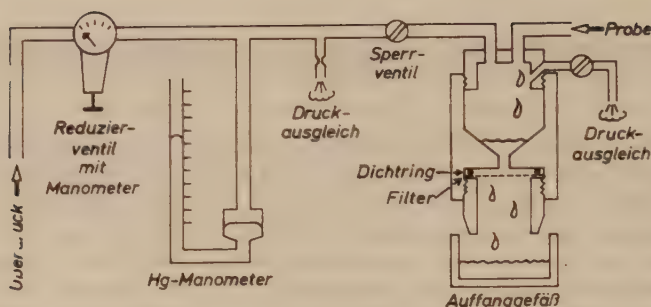
Mit dieser Methodik wird die mechanische Resistenz von Erythrozyten gegen Scherkräfte untersucht, die beim Durchfluß durch enge Porenkanäle auftreten. Vergleichbare Verfahren sind z.B. von Chien et al. (15) und Remien et al. (53) angewandt worden. Eine Suspension in PBS (Hämatokrit 1% oder 0,5%) wurde dabei mit Hilfe von Überdruck durchgepreßt. Meßparameter war die Freisetzung von Hämoglobin unter diversen Bedingungen, d.h. unter Änderung von Druckgradient, Osmolarität des Suspensionsmediums und Inkubation in verschiedenen konzentrierten Lösungen von Äthylendiamintetraessigsäure, Chlorpromazin, Chlorpromazin-Methojodid, Natrium-dodecylsulfat und Natrium-Thiopental.

Versuchsanordnung

Für die Untersuchung der mechanischen Resistenz der Erythrozyten wurden Polycarbonat-Filter der Fa. Nucleopore (Pleasanton, Calif.) verwendet. Sie hatten eine Dicke von 10μ und Porendurchmesser von 3μ . Die Poren wurden in einem Kernreaktor durch Beschuß mit Nukliden aus ^{235}U -Zerfällen und Ätzung des so vorgeschädigten Materials mit starker Lauge hergestellt, wobei eine zufällige Verteilung auf der Filteroberfläche mit einer Dichte von $2 \cdot 10^6$ Poren/ mm^2 entsteht. Dabei muß in Kauf genommen werden, daß die Einschußlöcher sich teilweise überlappen. Der Anteil solcher "Doppelporen" wurde durch Mikroskopieren auf etwa 10% geschätzt. Die Ausrichtung der Porenkanäle ist laut Prospekt des Herstellers "annähernd parallel", über eine dadurch verursachte Streuung ihrer Länge liegen keine Angaben vor; die Schwankung der Filterdicke sei kleiner als 5%; der aktuelle Porendurchmesser variere um +0% bis -20% des Nennwerts.

Die Filter waren an der Unterseite eines Plexiglas-Gefäßes montiert (siehe Zeichnung); der Durchlauf der Erythrozytensuspensionen konnte direkt beobachtet werden. Die durchgepreßte Probenflüssigkeit lief frei in ein Auffanggefäß (Eppendorf-Cup), so daß der eingestellte Überdruck voll als Druckdifferenz entlang der ca. 10μ langen Poren wirksam wurde.

Der Druck wurde aus der hauseigenen Preßluftleitung oder aus einer Carbogen-Flasche (95 % O_2 , 5 % CO_2) gewonnen. Zwischen druckzuführender Leitung und Probengefäß befand sich ein Absperrventil, wodurch zunächst der Überdruck unter Manometerkontrolle eingestellt werden konnte, bevor er am Filter wirksam wurde. Der Druckausgleich ging genügend schnell im Vergleich zur Filtrationsdauer vor sich, so daß über die Zeit ein nahezu rechteckiger Druckverlauf angenommen wurde.



Aufbau zur Filtration von Erythrozytensuspensionen

Die Messungen mit Filtern von 5μ Porendurchmesser (ebenfalls Fa. Nucleopore) erbrachten bei Frischblut in isotonem Medium nur einen geringen hämolytischen Effekt (weniger als 5% Hämolysen bei 500 mm Hg), so daß eine Verwertung dieser Daten nicht sinnvoll erschien. Lediglich Erythrozyten aus einer überalterten ACD-Konserve zeigten bei 100 mm Hg Hämolysen bis zu 25%. Zur Ermittlung der vorgestellten Ergebnisse fanden daher nur Filter mit 3μ Porendurchmesser Verwendung.

Ausführung

Es wurden jeweils ca. 1 ml Suspension gewaschener Erythrozyten mit Hämatokrit 1% in das Überdruckgefäß eingefüllt, der gewünschte Druck eingestellt, das Ventil zum Druckgefäß geöffnet und der vollständige Durchfluß der Suspension abgewartet. Die Messungen mit variablem Druck erfolgten immer mit schrittweise steigender Druckdifferenz, um einer Kontamination der folgenden Probe durch freigesetztes Hämoglobin vorzubeugen. Vor jeder neuen Meßreihe wurde mit Wasser und PBS vorgespült. Für die einzelne Reihe kamen Druckdifferenzen von 0 bis 100 oder 500 mm Hg zur Anwendung. Die Angabe "Druckdifferenz 0 mm Hg" bedeutet Kontrolle ohne Filterpassage.

Bei den Tests mit erniedrigter Osmolarität wurde zunächst der Hämatokrit 1% eingestellt, dann das gleiche Volumen eines geeigneten Gemisches aus Wasser und PBS zugefügt, um einen Hämatokrit von 0.5% und das gewünschte hypotone Medium zu erhalten. Das Mischungsverhältnis Puffer/Wasser errechnet sich aus der Beziehung:

$$\frac{V_p}{V_w} = \frac{O_p - 160}{320 - O_p}$$

V_p = Volumen Puffer

V_w = Volumen Wasser

O_p = gewünschte Osmolarität des Probenmediums in mosmol/l.

Standard

Der 100% Standard wurde durch Einlegen mehrerer Proben gleichen Hämatokritwerts in den Tiefkühlraum bei -22°C für mindestens eine Stunde, anschließendes Auftauen und Zentrifugieren erhalten. Zur Überprüfung wurden noch 2 bis 3 mal je 0.1 ml Suspension zu 0.9 ml Wasser pipettiert und der abgelesene Extinktionswert mit 10 multipliziert.

Messung der Dosis-Wirkungs-Beziehung

Die Meßreihen wurden ohne Pharmakon zur Kontrolle in isotonem und in verschieden hypotonem Suspensionsmedium durchgeführt und unter gleichen Bedingungen nach Inkubation mit diversen Substanzen wiederholt. Durch Anpassung einer einfachen e-Funktion an die Meßpunkte (Druckgradient, Prozent Hb) läßt sich ein "Halbwertsdruck", der die Hälfte des eingebrachten intrazellulären Hämoglobins zerstört (siehe Kap. "Auswertung"), als Parameter für die Empfindlichkeit der Zellpopulation unter den jeweiligen Bedingungen (normale oder erniedrigte Osmolarität, verschiedene Wirkstoffkonzentrationen) angeben.

Zur Messung des Effekts der benutzten Pharmaka kamen vier verschiedene Versuchsprinzipien zur Anwendung:

1) Messung mit variablem Druckgradienten in Medien unterschiedlicher Osmolarität

Nach Herstellung der verschieden osmolaren Suspensionsmedien (300 bis 200 mosmol/l) wie oben beschrieben folgte Filtration, Messung, Kurvenanpassung und Berechnung des Halbwertsdruckes.

2) Messung mit variabler Osmolarität bei konstantem Druckgradienten

Bei diesen Versuchen wurde immer ein Druck von 150 mm Hg gewählt, weil dabei im isotonen Medium nur etwa 10% bis 20% der Erythrozyten zerstört werden, bei der niedrigsten angewandten Osmolarität (200 mosmol/l) dagegen 80% bis 90%. Die Mittelung mehrerer gleichartiger Messreihen erfolgte durch Bildung des Medianwertes aus den korrespondierenden Meßpunkten.

3) Messung in hypotonem Medium bei variabler Wirkstoffkonzentration und konstantem Druck

Dieses Vorgehen erforderte zunächst die Bestimmung der Parameter für eine halbmaximale Vorschädigung der Zellpopulation:

Zum einen wurden dafür einige Meßreihen ohne Pharmakon mit variablem Druck jeweils in unterschiedlich osmolarem Medium (z.B. 320 bis 240 mosmol/l) durchgeführt. Die für jede Osmolarität eigens berechneten Halbwertsdrucke ließen dann unter mehreren halbmaximal schädigenden Kombinationen von Druck und Tonizität die Auswahl.

Als ebenso tauglich erwies sich aber das Vorgehen unter 2), so daß wegen des geringeren Aufwandes (Mittelung aus 2 Reihen ergab zuverlässige Ergebnisse) zumeist dieses benutzt wurde. Es gab keine Veranlassung, den praktikablen Druckgradienten von 150 mm Hg zu ändern.

Die so bestimmten Parameter der halbmaximalen Vorschädigung, Druck und Osmolarität, wurden dann konstant gehalten und eine Meßreihe nach Inkubation mit verschiedenen Wirkstoffkonzentrationen durchgeführt, um eine eventuelle Veränderung des intrazellulär verbliebenen Hämoglobins unter Einfluß des Pharmakons festzustellen.

4) Messung in iso- oder hypotonem Medium mit variablem Druckgradienten und jeweils einer Konzentration

Dabei wurden zunächst eine oder mehrere Kontrollreihen ohne Pharmakon gemessen, um die Empfindlichkeit des Individuums zu ermitteln. Es folgten dann mehrere Reihen, nachdem die Erythrozytensuspensionen mit jeweils einer bestimmten Wirkstoffkonzentration inkubiert worden waren. Auch hier diente nach erfolgter Kurvenanpassung der Halbwertsdruck als Parameter für die Empfindlichkeit des Individuums bzw. für den protektiven oder destabilisierenden Effekt des Pharmakons in Abhängigkeit von der angewandten Konzentration.

ERGEBNISSE DER SCHERKRAFTMETHODE

Wie verläuft die Hämoglobinfreisetzung, wenn Erythrozyten mit **variablen Druckgradienten** durch enge Filterkanäle gepreßt werden?

Ähnlich wie bei Anwendung von Ultraschall fiel auch bei diesen Versuchen eine exponentielle Abnahme des Prozentsatzes intrazellulären Hämoglobins in Abhängigkeit vom steigenden Druckgradienten im ca. 11μ langen und 3μ dicken Filterkanal auf. Allerdings war die Anpassung einer einfachen e-Funktion an die Meßdaten in einigen Fällen unbefriedigend, bei denen dann mit einer doppelten e-Funktion eine höhere Güte der Anpassung erzielt werden konnte. Dies deutet auf die Existenz zweier verschiedenen empfindlicher Untergruppen in den betreffenden Erythrozytensuspensionen hin, wobei jeder von beiden ein eigener halbmaximal schädigender Druckwert ("Halbwertsdruck") als Eigenschaft des jeweiligen Kompartiments zuzuordnen ist.

Die Ergebnisse legen die Vermutung nahe, daß die Aufspaltung einer Population in Untergruppen dann anzunehmen ist, wenn die Individuen infolge ihrer Vorgesichte eine erhöhte Empfindlichkeit gegen Scherkräfte aufweisen. Normale Erythrozyten hingegen verhalten sich im untersuchten Druckbereich bis 500 mm Hg homogen, es findet sich hier kein Anhalt zur Ablehnung des Ein-Kompartiment-Modells.

Signifikanz der angepaßten Funktionsparameter

Zur Ermittlung der Gesetzmäßigkeiten des druckabhängigen Verhaltens der Zellpopulationen wurden an 69 einzelne Meßreihen (Prozent intakte Erythrozyten gegen angewandten Druck) sowohl einfache als auch doppelte e-Funktionen angepaßt. Bei 32 Kurven mit nur 4 Stützpunkten ließ sich das Anpassungsverfahren an 4 Parameter zwar grundsätzlich durchführen, wegen 0 Freiheitsgraden aber keine Streuung berechnen, so daß ein Test auf Signifikanz der Parameter hinfällig wird. Weitere 18 Messungen mit 3μ -Filterporen erbrachten 6 Stützpunkte für die Kurvenanpassung, was nur 2 Freiheitsgraden entspricht. Die letzten 19 Funktionen konnten an 10 Punkte angepaßt werden (6 Freiheitsgrade).

Vor allem bei Versuchen mit stärker schädigendem Agens oder erhöhter Empfindlichkeit der Zellpopulation (verfallene Konserve) ließ sich mit der Anpassung einer doppelten e-Funktion eine niedrigere Restvarianz erzielen. Trotz höherer Güte der Anpassung erreichten aber nur 6 von 37 Tests auf das Zwei-

Kompartiment-Modell die gleichzeitige Signifikanz aller vier angepaßten Parameter (näheres s. Methodik und untenstehende Tabelle), wohl wegen der für diesen Zweck zu kleinen Fallzahl.

Eine tabellarische Summierung der Signifikanzereignisse der vier angepaßten Parameter aller Messungen mit variablem Druck soll dies näher erläutern. Da ein einzelnes Kompartiment ($A_0 \cdot e^{-a \cdot x}$) von den Parametern A_0 und a definiert wird, bestehen die Kombinationsmöglichkeiten Nicht-Signifikanz, Signifikanz nur der Abszissenparallelen A_0 und Signifikanz des ganzen Kompartiments (vgl. "Kurvenanpassung"). Alleinige Signifikanz von a gegen 0 ist unbedeutend wegen $A_0=0$ (Faktor 0 vor Exponentialausdruck!).

Verfährt man nun entsprechend mit Kompartiment B und vernachlässigt die (ohnehin nicht vorgekommene) Möglichkeit der alleinigen Signifikanz von zwei Abszissenparallelen, so ergeben sich insgesamt 5 sinnvolle Kombinationen von Signifikanz und Nicht-Signifikanz der 4 Parameter des Zwei-Kompartiment-Modells. In untenstehender Tabelle sind die Anzahlen der Signifikanzereignisse für jede Kombination angeführt. Im Fall der Signifikanz zweier Kompartimente ($K=2$) waren diese auch gegeneinander signifikant.

	Fallzahl	K=0	Ap	K=1	K=1;Ap	K=2
gesamt	37	8	5	12	6	6
normal	19	5	2	8	3	1
empfdl.	18	3	3	4	3	5

Ap : Abszissenparallele ist signifikant

K : Kompartimente, wobei 0, 1 oder 2 signifikant sein können

Es sind hier die 37 angepaßten Kurven mit 6 oder 10 Stützpunkten zusammengefaßt. Die Versuche wurden zusätzlich aufgeteilt in Populationen mit normaler und mit erhöhter Empfindlichkeit gegen Scherkräfte. Zur Gruppe "empfindlich" wurde zugeordnet, wenn die Zellen aus einer überalterten ACD-Konserven stammten (vgl. Abb.10), in einem Medium mit einer Osmolarität von 260 mosmol/l oder weniger suspendiert waren oder mit Wirkstoffkonzentrationen von mindestens 0.1 mmol/l Chlorpromazin, 0.7 mmol/l Na-dodecylsulfat oder 0.02 mol/l Thiazinamium inkubiert worden waren.

Diese Tabelle zeigt zum einen, daß das Ein-Kompartiment-Modell für Erythrozytenpopulationen mit normaler Empfindlichkeit bevorzugt signifikant wird. Sind die Zellen dagegen durch Altern, hypotone Suspension oder destabilisierende Wirkstoffkonzentrationen empfindlicher gegen Scherkräfte, verliert sich diese Bevorzugung möglicherweise zugunsten des Zwei-Kompartiment-Modells.

Eine Bestätigung dieser Vermutung würde aber eine größere Anzahl untersuchter Individuen voraussetzen. Außerdem sollte die Zahl der Stützpunkte für die einzelne Anpassung genügend groß sein, d.h. nach Meinung des Verfassers größer als 14, um mehr als 10 Freiheitsgrade zu erreichen und dadurch die hier sicher sehr große Wahrscheinlichkeit des beta-Fehlers (falsch negativ) auf ein tolerables Maß zu reduzieren. Eine eventuelle Richtigkeit des Zwei-Kompartiment-Modells wird dann auch leichter Signifikanz ergeben. Weiteres hierzu siehe Diskussion unter: "Die Hämoglobinfreisetzung als Funktion des Druckgradienten".

Wie verläuft die Hämoglobinfreisetzung bei **frisch** gespendeten Erythrozyten im Vergleich mit solchen aus einer **überalterten** ACD-Konserve?

Bei Anwendung variabler Druckdifferenz an Filtern mit 3μ Porendurchmesser auf isotone Erythrozytensuspensionen ohne Wirkstoffzusatz zeigen die Ergebnisse für Frischblut die Gültigkeit des Ein-Kompartiment-Modells. Hingegen kann für überaltertes Konservenblut (ca. 3 Monate im Kühlschrank aufbewahrt) das Zwei-Kompartiment-Modell angenommen werden.

Die Prozente intrazellulären Hämoglobins in Abhängigkeit vom angewandten Druck mit den Streuungsparametern (0.25- und 0.5-Quantil) sowie die angepaßten Kurven sind in Abb.10 dargestellt. Dabei steht Kurve " $\square$ " (Anpassungsverfahren: einfache e-Funktion) für Frischblut und Kurve " $\diamond$ " (doppelte e-Funktion) für überalterte Konserven. Als Maß für die Empfindlichkeit der Frischblutpopulationen gegen Scherkräfte im Filterkanal findet sich eine halbmaximal schädigende Druckdifferenz von 736 (95%-Konfidenzintervall 669 bis 818) mm Hg. Die zur Abbildung gehörige Auflistung der angepaßten Parameter zeigt durch A_0 , daß das gewählte Modell für $98 \pm 2\%$ der ursprünglich eingesetzten Population zutrifft. Der Rest von ca. 2% war im Rahmen der Vorbehandlung durch Spontanhämolysen bereits zerstört worden.

Der Verlauf von Kurve " $\diamond$ " in Abb.10 zeigt einerseits die deutlich erhöhte Empfindlichkeit der Erythrozyten aus einer überalterten ACD-Konserve im Vergleich zu Frischblut. Zum anderen spricht der im Niederdruckbereich relativ zu einer einfachen e-Funktion zunächst steilere, dann mit höheren Drucken relativ flacher werdende Verlauf für die Annahme von zwei Kompartimenten. Das eine mit einem Halbwertsdruck von 45 mm Hg betrifft $81 \pm 19\%$ der Population, das andere mit $P_{1/2} = 281$ mm Hg dagegen $23 \pm 18.5\%$ (vgl. hierzu die zugehörige Auflistung der angepaßten Parameter bei Abb.10).

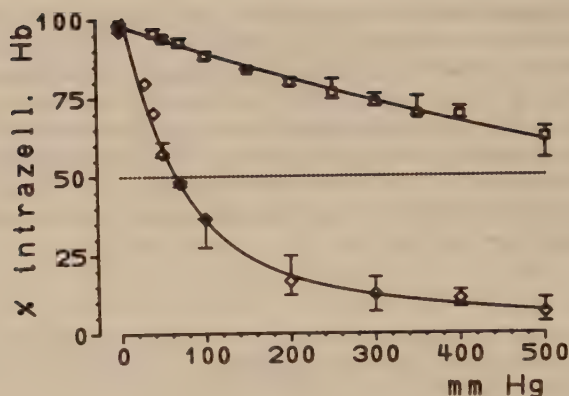


Abb.10

Prozent intrazellulär verbliebenes Hämoglobin in Abhängigkeit von der **Druckdifferenz am Filter**. Die Erythrozyten einer ACD-Konserve, die das angegebene Verfallsdatum um etwa 2 Monate überschritten hatte, zeigen eine deutlich verminderte Resistenz gegenüber Scherkräften im Vergleich zu frisch gespendeten Zellen. Horizontale Markierungen begrenzen den 50%-Interquantilsbereich. An die mit Frischblut erhobenen Daten wurde eine einfache e-Funktion der Form $Y = A_0 \cdot e^{-a \cdot x}$, an die Ergebnisse mit Konservenblut eine doppelte e-Funktion der Form $Y = A_0 \cdot e^{-a \cdot x} + B_0 \cdot e^{-b \cdot x}$ angepaßt.

"□" = frisch gespendete Erythrozyten von 17 gesunden Spendern

"◇" = 7 Versuchsreihen mit Erythrozyten der überalterten Konserve

Frischblut:

Parameter:	$A_0 = 98.02$	$a = 0.0009418$
Standardabw.:	$s_{A_0} = 1.006$	$s_a = 0.00004826$
Halbwertsdruck:	$P_{1/2} = 736 \text{ mm Hg}$	
	(95%-Konfidenzintervall: 669 bis 818)	

Konserve

Parameter:	$A_0 = 81.09$	$a = 0.01531$
	$B_0 = 23.21$	$b = 0.002468$
Standardabw.:	$s_{A_0} = 9.922$	$s_a = 0.003583$
	$s_{B_0} = 9.450$	$s_b = 0.0009125$
Halbwertsdruck _a :	$P_{1/2} = 45.27 \text{ mm Hg}$	
	(95%-Konfidenzintervall: 31.03 bis 83.6)	
Halbwertsdruck _b :	$P_{1/2} = 280.8 \text{ mm Hg}$	
	(95%-Konfidenzintervall: 163 bis 1020)	

Herkunft der Erythrozyten und Datenauswertung

Die Abb.10 zeigt Anpassungen an die Mediane der Meßwerte aller Versuche mit der Scherkraftmethode ohne Pharmakonzugabe und mit variablem Druckgradienten im Filterkanal. Kurve "□" entstand unter Verwendung von Frischblut 17 ver-

schiedener Individuen. Für Kurve "◇" wurde Blut aus einer ACD-Konserve entnommen, die das angegebene Verfallsdatum um etwa 2 Monate überschritten hatte. Die Entnahme fand an 7 verschiedenen Versuchstagen jeweils unter Bereitung einer frischen Suspension statt.

Paßt man die mit Frischblut erhaltenen Daten an eine doppelte e-Funktion an, so sind die dadurch berechneten Parameter A_0 und a auf dem 5%-Niveau nicht signifikant von 0 verschieden. Ein 2-Kompartiment-Modell wird also durch die Meßpunkte nicht bestätigt. Das Kompartiment A mit seinem relativ niedrigen Halbwertsdruck von 67 mm Hg (steiler Verlaufsteil) wäre auch nur zu etwa 6% am Modell beteiligt gewesen ($A_0 = 6.16$). Die Parameter des Kompartiments B sind dagegen beide von 0 verschieden ($p \leq 0.05$). Dieses zweite Kompartiment betrifft praktisch alle eingebrachten Erythrozyten (d.h. $93 \pm 10\%$ der Gesamtpopulation); der Halbwertsdruck beträgt 862 mm Hg (95%-Konfidenzintervall von 668 bis 1214). Auch die Anpassung der mit Frischblut erhobenen Daten an eine doppelte e-Funktion stützt demnach die Gültigkeit eines einzigen Kompartimentes, zumal die für das zweite (allein signifikante) Kompartiment ermittelten Parameter nicht weit entfernt von den oben bereits genannten Größen der einfachen e-Funktion liegen.

Demgemäß kann für Frischblut unter Normalbedingungen das Modell der doppelten e-Funktion nicht aufrechterhalten werden. Bei den Erythrozyten aus der verfallenen ACD-Konserve hingegen sind alle vier Parameter mit $p \leq 0.05$ signifikant gegen 0. Hier kann das Zwei-Kompartiment-Modell angenommen werden.

Wie wirkt Veränderung der Osmolarität des Suspensionsmediums auf die mechanische Resistenz von Erythrozyten; besteht dabei ein Unterschied zwischen Frisch- und Konservenblut?

Nach Filtration mit konstantem Druck findet man im Bereich von 200 bis 300 mOsm eine hohe positive lineare Korrelation zwischen Osmolarität des Suspensionsmediums und intrazellulär verbliebenem Hämoglobin (Abb.11). Die Steilheit der Regressionsgeraden dient als Vergleichsmaß für die Empfindlichkeit; sie ist Ausdruck für die Größe des Einflusses einer Osmolaritätsveränderung auf die mechanische Resistenz der Erythrozyten. So zeigen die Regressionskoeffizienten eine signifikant verminderte Empfindlichkeit der Erythrozyten aus einer ACD-Konserve im Vergleich zu denen eines Frischblutspenders.

Nach Filtration mit variablem Druck findet man mit frisch gespendeten Erythrozyten eine vergleichbare Abhängigkeit von der Osmolarität wie oben, der Verlauf ist aber eher sigmoid (Abb.11).

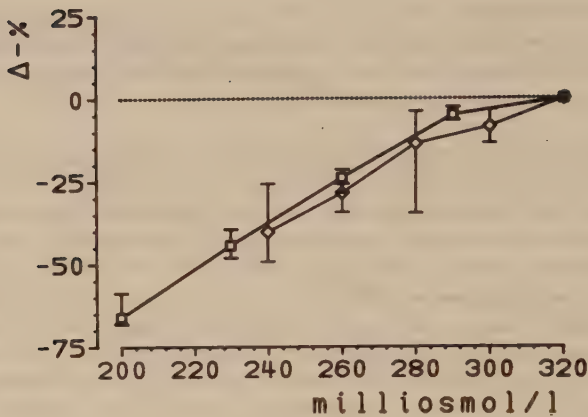


Abb.11

Einfluß der **Osmolarität** des Suspensionsmediums auf die Empfindlichkeit von Erythrozyten gegen Scherkräfte. Unterhalb von 300 mOsm wird eine **lineare** Abhängigkeit der Empfindlichkeit erkennbar. Die Erythrozyten wurden frisch gespendet oder stammten aus frischer ACD-Konserve.

"Δ%" = Prozentdifferenz intrazellulären Hämoglobins
(Meßwert minus Kontrollwert mit 320 mOsm)

"□" = Messung mit fest eingestellter Druckdifferenz von 150 mm Hg

"◇" = Messung mit variabler Druckdifferenz; Prozentwerte aus
angepaßten einfachen e-Funktionen unter Berücksichtigung
der osmotischen Hämolysen errechnet

"●" = Kontrollwert mit 320 mOsm gemessen

Die untersuchten Suspensionen

Mit insgesamt 15 Versuchsansätzen wurde die Beziehung zwischen der Osmolarität in Milliosmol/l und dem intrazellulär verbliebenen Hämoglobin ermittelt. Bei 7 wurde mit Medien unterschiedlicher Osmolarität bei konstantem Druck von 150 mm Hg gemessen ("direkte Methode"). Es fanden pro Ansatz ein bis zwei Meßreihen statt. In letzterem Fall gilt das arithmetische Mittel der korrespondierenden Punkte. Es handelt sich um 4 Untersuchungen derselben ACD-Konserven und um 3 Versuche mit derselben gewaschenen Erythrozytensuspension eines Frischblutspenders, alle an verschiedenen Versuchstagen.

Bei den anderen 8 Versuchsansätzen (Erythrozyten verschiedener Frischblutspender, Verarbeitung am Tage der Entnahme) wurde zunächst für jede Osmolaritätsstufe mit variablem Druck gemessen und eine einfache e-Funktion an die Meßpunkte angepaßt. Aus diesen Funktionen ließ sich dann durch Einsetzen eines bestimmten Druckwertes ein Prozentwert intrazellulären Hämoglobins

errechnen und der betreffenden Osmolarität zuordnen; eine eventuelle hypotone Vorhämolyse ist dabei berücksichtigt worden (s. Methodik). Der fragliche Druckwert wurde analog zur Ultraschallmethode aus der Anpassung für isotone Suspension gewonnen. Er stellt die Druckdifferenz dar, bei der Erythrozyten halbmaximal geschädigt werden ("Halbwertsdruck") und dient somit als Normgröße für eine Erythrozytenpopulation.

Graphische Darstellung

In Abb.11 sind die Mediane der korrespondierenden Punkte der 7 Messungen mit fest eingestellter Druckdifferenz von 150 mm Hg mit "□" gekennzeichnet. Die aus den angepaßten Kurven unter Korrektur der Vorhämolyse erhaltenen, mit "◇" bezeichneten Werte zeigen die Mittelung der 8 Frischblut-Versuche. Der mit isotonem Medium (320 mosmol/l) gefundene Prozentwert bestimmt den Nullpunkt der Prozentskala; die Ordinate repräsentiert damit die Prozentdifferenz zur isotonen Kontrolle. Im Gegensatz zum streng linearen Verlauf von "□" ist bei "◇" ein sigmoider Verlauf angedeutet.

Welchen Einfluß hat die **Aufbewahrungsdauer** von Erythrozyten auf deren Empfindlichkeit gegen Veränderung der Osmolarität des Suspensionsmediums vor der mechanischen Belastung?

Während der Aufbewahrung der ACD-Konserve fiel eine Empfindlichkeitszunahme in den ersten zwei Wochen auf. Am 18. Tag sank die Empfindlichkeit unter das Niveau des ersten Tages ab. Bei Frischblut dagegen nahm die Empfindlichkeit im Verlauf von 3 Tagen ab, ohne daß zwischendurch eine Erhöhung beobachtet wurde.

Erythrozyten aus der ACD-Konserve

Aus einer frischen ACD-Konserve wurden an vier verschiedenen Tagen (Konserventalter 1, 5, 14, 18 Tage) Proben entnommen und jeweils neue Ansätze bereitet. Bei allen vier wurde mit konstanter Druckdifferenz von 150 mm Hg der Zusammenhang zwischen Osmolarität und intrazellulär verbliebenem Hämoglobin gemessen. Unterschiede zwischen den verschieden alten Erythrozytenpopulationen konnten hinsichtlich der Steilheit der Regressionsgeraden registriert werden, die als Parameter für die Empfindlichkeit der Erythrozyten dient (siehe vorangegangene Fragestellung). Das Signifikanzniveau dieser Unterschiede ist der Tabelle unter P-alpha zu entnehmen (s. unten); es bezieht sich auf den Vergleich zweier zeitlich benachbarter Messungen.

Die untersuchten Zellen wurden bis zum 14. Aufbewahrungstag zunächst empfindlicher, um dann nach 18 Tagen wieder unempfindlicher als am 1. Tag zu werden. Dies zeigt die Tabelle der Regressionskoeffizienten mit den Streuungsdaten. Über die Bestimmung des Prüfmaßes t siehe Methodik.

Alter (Tage):	1	5	14	18
Steilheit:	0.60	0.63	0.69	0.49
$\pm$ Standardabw.:	± 0.0013	± 0.0013	± 0.0010	± 0.0076
$s_{y,x}$	0.878	0.839	0.652	5.109
t		1.79	3.64	2.65
P-alpha		15%	2.2%	5.7%

Die Annahme eines Unterschieds zwischen jüngsten und ältesten Zellen hat eine Irrtumswahrscheinlichkeit von 42% ($t=0.91$). Für alle Angaben gelten 4 Freiheitsgrade.

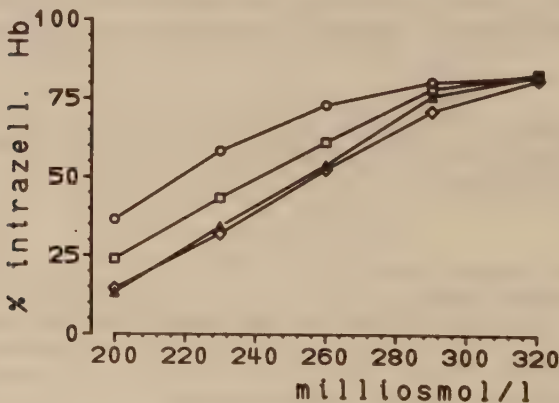


Abb. 12

Einfluß der **Aufbewahrungsdauer** auf die osmolaritätsabhängige Scherkräftempfindlichkeit von Erythrozyten einer frischen **ACD-Konserve**. Nach 5 Tagen Aufbewahrung zeigt sich zunächst ein Anstieg der Hämoglobinfreisetzung gegenüber dem Ausgangswert am 1. Tag. Bis zum 14. Tag ändert sich dann nahezu nichts; am 18. Tag jedoch findet sich noch mehr intrazelluläres Hämoglobin als zu Beginn. Die Messungen wurden mit konstanter Druckdifferenz von 150 mm Hg durchgeführt.

"□", "◇", "△", "○" = 1, 5, 14 und 18 Tage nach Blutentnahme

Ein ähnliches Verhalten wie der Regressionskoeffizient zeigt der Absolutbetrag intrazellulären Hämoglobins (Abb.12). Nach 5 Tagen Aufbewahrung wird zunächst deutlich mehr Hämoglobin bei gleicher Hypotonizität freigesetzt. Bis zum 14. Tag ändert sich dann praktisch nichts; am 18. Tag jedoch findet sich noch mehr intrazelluläres Hämoglobin als am 1. Tag. Die im isotonen Medium gemessenen Werte weisen so gut wie keine altersabhängigen Schwankungen auf.

Erythrozyten eines Frischblutspenders

Die Untersuchung erfolgte wie bei der Konserve mit konstanter Druckdifferenz von 150 mm Hg. Die Erythrozyten entstammten einer einzigen Blutentnahme bei einem männlichen Spender. Sie wurden an drei verschiedenen Versuchstagen (0, 1 und 3 nach Entnahme) untersucht; die gewaschene filterfertige Zellsuspension lagerte zwischenzeitlich im Kühlschrank bei ca. 5°C. Wie bei Konservenblut wird auch für Frischblut die sich ändernde Empfindlichkeit in Form der Regressionskoeffizienten zusammen mit den Streuungsdaten tabellarisch dargestellt.

Alter (Tage):	0	1	3
Steilheit:	0.73	0.68	0.66
±Standardabw.:	±0.0019	±0.0012	±0.0014
$s_{y.x}$	1.304	0.830	0.959
t		1.90	1.38
P-alpha		13%	24%

Die Annahme eines Unterschiedes zwischen 0 und 3 Tagen Aufbewahrung hat eine Irrtumswahrscheinlichkeit von 4.4% ($t=2.90$) bei 4 Freiheitsgraden. Abb.13 zeigt den Absolutbetrag intrazellulären Hämoglobins. Dieser Parameter weist eine ähnliche Zeitabhängigkeit wie der Regressionskoeffizient auf. Ein übereinstimmendes Verhalten der beiden Größen wird also bei Frisch- wie bei Konservenblut gefunden.

Unterschiede zwischen Frisch- und Konservenblut

Bildet man aus den jeweiligen korrespondierenden Meßpunkten der 4 Konserven- und der 3 Frischblutansätze die Medianwerte und vergleicht die Steilheit der beiden neuen Regressionsgeraden, so ergibt sich für Konservenblut ein Koeffizient von 0.63 ± 0.0004 ($s_{y.x}=0.266$) und für Frischblut von 0.68 ± 0.0016 ($s_{y.x}=1.051$) und somit eine höhere Empfindlichkeit des letzteren. Der Unterschied liegt auf dem 4.3%-Signifikanzniveau ($t=2.92$, 4 Freiheitsgrade).

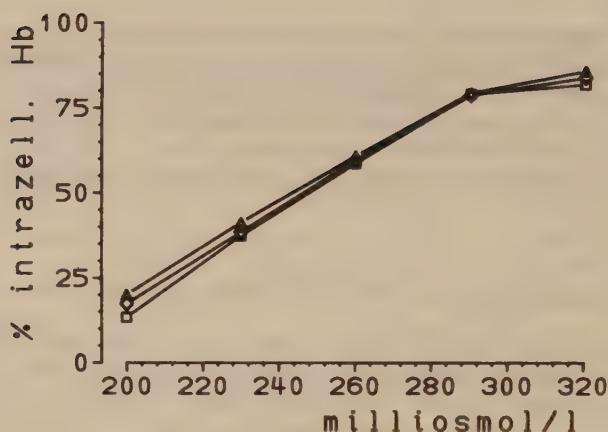


Abb.13

Einfluß der **Aufbewahrungsdauer** auf die osmolaritätsabhängige Scherkräfteempfindlichkeit von **frisch gespendeten** Erythrozyten. Es zeigt sich nur eine geringe Stabilisierung im Verlauf von 3 Tagen. Die Unterschiede sind entsprechend der kürzeren Beobachtungszeit geringer als bei Konservenblut (Abb.12). Die Messungen wurden mit konstanter Druckdifferenz von 150 mm Hg durchgeführt.

"□", "◇", "△" = 0, 1 und 3 Tage nach Blutentnahme

Wie wirkt **Dinatrium-Äthylendiamintetraessigsäure** auf die mechanische Resistenz von Erythrozyten aus Frischblut und aus einer überalterten ACD-Konserve?

Es konnte keine eindeutige destabilisierende Wirkung von Na_2 -Äthylendiamintetraessigsäure (EDTA) auf die mechanische Resistenz nachgewiesen werden. Abb.14 zeigt den Einfluß des Wirkstoffs auf die Hämoglobinfreisetzung aus Erythrozyten von zwei Frischblutspendern (Kurve "□") und einer ACD-Konserve, die das angegebene Verfallsdatum um etwa 3 Monate überschritten hatte (Kurve "◇").

Wenn der durch EDTA verursachte "anti-resealing"-Effekt Einfluß auf die Hämoglobinfreigabe besitzt, muß sich dies durch Verschiebung der Meßpunkte nach unten ausdrücken. Tatsächlich findet sich aber bei den Erythrozyten der überalterten Konserve eine augenfällige Stabilisierung. Für die frisch gespendeten Zellen ist das Resultat je nach Konzentration verschieden. An beiden Kurven fällt eine leichte Destabilisierung in Richtung höherer EDTA-Konzentration auf. Eine statistische Aussage, auch über den Unterschied

zwischen "frisch" und "verfallen", ist wegen der geringen Fallzahl nicht möglich. Die "Nullinie" wird jedenfalls nicht deutlich unterschritten; eine wesentliche Destabilisierung als Folge eines "anti-resealing"-Effekts kann also nicht angenommen werden.

Die in Abb.14 gezeigten Ergebnisse entstanden durch Messung mit variablem Druck und Kurvenanpassung wie bisher beschrieben. Der halbmaximal schädigende Druck betrug bei Erythrozyten ohne EDTA-Zusatz 932 und 755 mm Hg für Frisch-, 68 mm Hg für überaltertes Konservenblut. Bei der "Frischblutkurve" wurden eine Messreihe mit vier Konzentrationen und eine mit nur zwei (0,5 und 5 mmol/l) mit den Medianwertprogrammen zusammengefaßt. Dementsprechend stellen die beiden auf der x-Achse äußersten Punkte den Mittelwert und die zugehörigen waagrechten Striche die Originalpunkte dar (siehe unter Methodik, "Medianwerte und Interquantilsbereich"). Für Konservenblut wurde hier nur ein Individuum untersucht. Da aber jeder Prozentwert durch Kurvenanpassung mit mehreren Stützpunkten berechnet wurde, haben alle Daten den Stellenwert von Mehrfachmessungen.

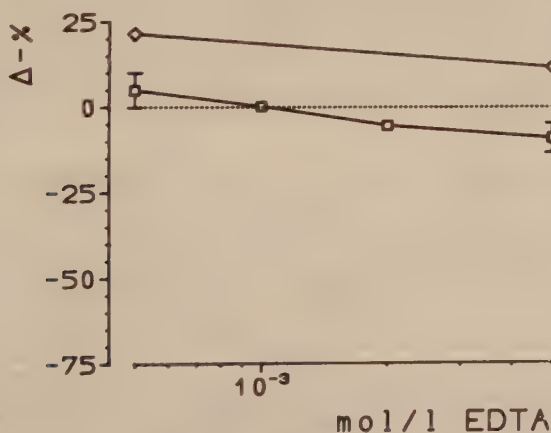


Abb.14

Einfluß von ~~Na-Äthylendiamin-tetraessigsäure~~ EDTA auf die Empfindlichkeit von Erythrozyten gegen Scherkräfte. Die Verhinderung des "resealing" durch EDTA beeinflusst die Empfindlichkeit nicht entscheidend. Die Prozentwerte wurden aus angepaßten einfachen e-Funktionen unter Berücksichtigung einer eventuell durch EDTA induzierten Hämolyse errechnet. Untersucht wurden Erythrozyten von zwei Frischblutspendern bzw. aus einer ca. 3 Monate alten ACD-Konserve.

"Δ%" = Prozentdifferenz intrazellulären Hämoglobins
(Meßwert minus Kontrollwert ohne EDTA)

"□" = Frischblut "◇" = ACD-Konserve, ca 3 Monate alt

Wie verändert **Chlorpromazin** die mechanische Resistenz von Erythrozyten aus Frischblut und aus einer überalterten ACD-Konserve in **isotonem** Suspensionsmedium?

Die durch Chlorpromazin (CPZ) verursachte Erniedrigung der mechanischen Resistenz bei frisch gespendeten Erythrozyten ist für Konzentrationen ab 0.1 mmol/l statistisch hochsignifikant, während geringe stabilisierende Wirkungen im Bereich von 10 bis 30 $\mu\text{mol/l}$ keine Signifikanz erreichten. Mit den Zellen aus der überalterten Konserve wurde bis zu 0.4 mmol/l CPZ keine vermehrte Hämoglobinfreisetzung gefunden, für höhere Konzentrationen liegen keine Messungen vor. Der Kurvenverlauf in Abb.15 deutet sogar auf eine Stabilisierung ab ca. 10 $\mu\text{mol/l}$ hin, statistische Aussagen sind hier aber nicht möglich.

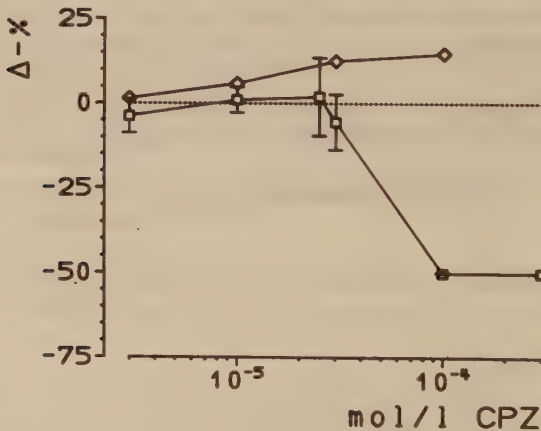


Abb.15

Einfluß von **Chlorpromazin** (CPZ) auf die Empfindlichkeit von Erythrozyten gegen Scherkräfte; Messung im **isotonen** Suspensionsmedium. Es konnte lediglich eine erhöhte Empfindlichkeit ab 30 μM bei Frischblut nachgewiesen werden. Die Prozentwerte wurden aus angepaßten einfachen e-Funktionen unter Berücksichtigung der pharmakoninduzierten Hämolyse errechnet. Untersucht wurden Erythrozyten von 4 Frischblutspendern bzw. aus einer ca. 3 Monate alten ACD-Konserve.

"Δ%" = Prozentdifferenz intrazellulären Hämoglobins
(Meßwert minus Kontrollwert ohne CPZ)

"□" = Frischblut "◇" = ACD-Konserve, ca 3 Monate alt

Die in Abb.15 mit "□" gekennzeichnete Frischblutkurve entstand durch Untersuchung von vier Individuen. Fallzahlen von $N=2$ pro Meßpunkt erklären sich dadurch, daß mit unterschiedlichen Verdünnungsreihen gearbeitet wurde (vgl. hierzu Kap. "Medianwert"). Kurve "◇" steht für die Zellen der verfallenen ACD-Konserve. Hier existiert allerdings nur eine einzelne Meßreihe. Bei jedem Individuum wurde für jede Konzentration mit variablem Druck gemessen, eine einfache e-Funktion angepaßt und wie beschrieben unter Korrektur der pharmakoninduzierten Hämolyse die Prozentwerte intrazeellulären Hämoglobins errechnet. Danach erfolgte noch die Berechnung der Prozentverschiebung gegen die Kontrolle und Mittelung korrespondierender Werte.

Der Halbwertsdruck des wirkstofffreien Kontrollbluts betrug für die vier Frischblutmessungen 1011, 765, 716 und 427 mm Hg. Kurve "□" wurde mit dem Medianwertprogramm berechnet und weist im Bereich 10 bis 30 $\mu\text{mol/l}$ einen geringen stabilisierenden Effekt von etwa 2% auf, der nicht signifikant gegen die Kontrolle ist ($P\text{-alpha}=87\%$!). Ursache des hohen $P\text{-alpha}$ können auch eine Verschiebung der Kurve nach unten aufgrund zu hohen Kontrollwerts (siehe Abb.15) oder die geringe Fallzahl sein. Eindeutig hingegen ist die destabilisierende Wirkung von Chlorpromazin auf Zellen aus Frischblut bei Konzentrationen ab 0.1 mmol/l ($P\text{-alpha}\leq 0.1\%$). Da eine etwaige durch CPZ selbst bedingte Vorhämolyse rechnerisch eliminiert wurde, muß der Pharmakoneffekt in einer Herabsetzung der mechanischen Resistenz der Erythrozytenmembran bestehen.

Nach Kurve "◇" bleibt bei den Erythrozyten der etwa 3 Monate im Kühlschrank aufbewahrten ACD-Konserve der destabilisierende Effekt anscheinend aus, es ist sogar von 10 $\mu\text{mol/l}$ bis 10 mmol/l Chlorpromazin ein stabilisierender Effekt von etwa 6% bis 15% zu beobachten. Die Aussagekraft wird aber einmal dadurch abgeschwächt, daß nur eine einzige Meßreihe vorliegt. Zum anderen ist zu bedenken, daß diese überalterte Zellpopulation bereits sehr empfindlich gegen mechanische Beanspruchung ist: Unbehandeltes Kontrollblut hatte einen Halbwertsdruck von nur 62 mm Hg (vgl. hierzu auch Abb.10). Möglicherweise ist die Sensibilität der empfindlicheren Zellen (oder der Methode) gegen eine weitere Destabilisierung unter solchen Bedingungen geringer.

Wie verändert **Chlorpromazin** die mechanische Resistenz von Erythrozyten aus Frischblut in **hypotonem** Suspensionsmedium?

Auch mit den im hypotonen Medium suspendierten Erythrozyten ließ sich eine Erhö. der mechanischen Fragilität nachweisen, hier bereits ab 50 $\mu\text{mol/l}$ CPZ. Im Gegensatz zur isotonen Bedingung konnten jetzt aber auch stabilisierende Effekte bei geringeren Konzentrationen (5 bis 20 $\mu\text{mol/l}$) gefunden werden.

Die in Abb.16 gezeigten Kurven entstanden durch Verarbeitung von 4 Frischblutansätzen in 260 milliosmolarem Suspensionsmedium. Die Bestimmung der Dosis-Wirkungs-Beziehung erfolgte nach der direkten Methode bei einer konstanten Druckdifferenz von 150 mm Hg und mit 2 bis 6 Einzelmessungen pro Ansatz. Auswertung und graphische Darstellung entsprechen dem bisherigen Verfahren.

Eine im Vergleich zur Kontrolle verminderte Zellschädigung wurde mit den Chlorpromazin-Konzentrationen 5, 7, 10 und 20 $\mu\text{mol/l}$ vorgefunden; die Prozentdifferenz war 1.6%, 2.4%, 3.2% und 3.8%. Bei der Prüfung auf statistisch signifikanten Unterschied zur Kontrolle ohne CPZ betrugen die entsprechenden Irrtumswahrscheinlichkeiten 2.6%, 1.8%, 12% und 17%. Leider besitzen die größten Differenzen zur Kontrolle (mit 10 und 20 $\mu\text{mol/l}$ CPZ) wegen höherer Streuung die größte Irrtumswahrscheinlichkeit für Annahme eines Unterschieds.

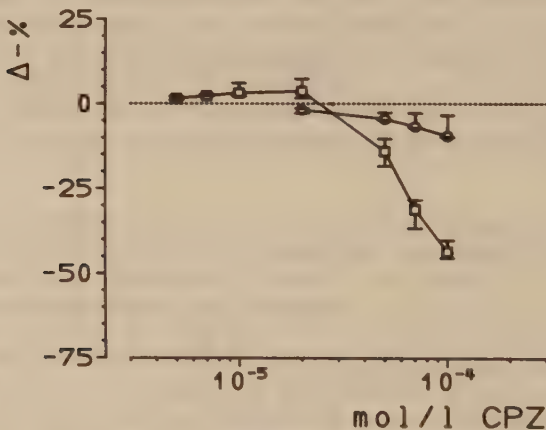


Abb.16

Einfluß von Chlorpromazin (CPZ) auf die Empfindlichkeit von **frisch gespendeten** Erythrozyten gegen Scherkräfte; Messung im **hypotonen** Suspensionsmedium (260 mOsm). Es werden geringe stabilisierende und deutliche destabilisierende Wirkungen auf die mechanische Fragilität sichtbar. Die Messungen wurden mit einer fest eingestellten Druckdifferenz von 150 mm Hg durchgeführt. Untersucht wurden Erythrozyten von 4 Spendern.

"Δ%" = Prozentdifferenz intrazellulären Hämoglobins
(Meßwert minus Kontrollwert ohne CPZ)

"□" = filtrierte Erythrozyten

"○" = Parallelmessung ohne Filterpassage

Abb.16 enthält außerdem noch eine mit "○" bezeichnete Kurve. Diese zeigt das Ergebnis der Parallelmessungen ohne Filterpassage und somit den Verlauf der durch das Pharmakon selbst induzierten Hämolyse. Solche Parallelbestimmungen fanden bei 3 von den 4 Ansätzen zu je 2 bis 4 Einzelmessreihen statt. Die Proben wurden denselben Gefäßen entnommen, aus denen auch die Erythrozyten für die Filterpassage stammten. Solche "Blindreihen" sind nötig, da sich bei der direkten Methode die pharmakoninduzierte Hämolyse nicht rechnerisch eliminieren läßt und die gezeigten Messungen mit Filter überlagert.

Die Kurve "○" demonstriert mithin, daß chemisch induzierte Hämolyse den deutlichen destabilisierenden Effekt ab $50 \mu\text{mol/l}$ keineswegs allein verursacht, sondern nur geringfügig verstärkt. Chlorpromazin in höheren Konzentrationen vermindert somit unter den genannten Bedingungen zusätzlich zu seiner bekannten chemischen Membrandestabilisierung auch noch die mechanische Resistenz. Für Frischblut stimmen in diesem Konzentrationsbereich die Ergebnisse in isotonem und hypotonem Medium überein.

Da für die Parallelmessungen ohne Filterpassage kein zusätzlicher Kontrollwert für Hämolyse ohne Pharmakon bestimmt wurde, muß dieser gleich 100% gesetzt werden, um eine Prozentdifferenz angeben zu können. Dabei wird ein geringer Fehler in Kauf genommen. Die abgebildete "Blindwert-Kurve" wird also um etwa 5% (s. Methodik: Spontanhämolyse) zu tief liegen, was deren Aussagewert aber nicht beeinträchtigt.

Wirkt **Chlorpromazin** auf die mechanische Resistenz **hypoton** suspendierter Erythrozyten einer frischen ACD-**Konserven** ähnlich wie bei frisch gespendeten?

Der Vergleich der Abbildungen 16 und 17 zeigt deutlich die geringere, aber im gleichen Konzentrationsbereich (ab $50 \mu\text{mol/l}$) einsetzende Erniedrigung der mechanischen Resistenz der ACD-Erythrozyten. Kleine stabilisierende Effekte finden sich mit den gleichen Wirkstoffkonzentrationen wie bei Frischblut. Allerdings konnte für die Differenzen in beiden Richtungen nur ein deutlich schlechteres Signifikanzniveau erzielt werden.

Die mit "□" gekennzeichnete Kurve in Abb.17 ergab sich durch Verarbeitung von zwei Ansätzen in 260 milliosmolarem Suspensionsmedium bei 2 bis 6 Messungen pro Ansatz. Bei diesen Versuchen wurde mit variabler Wirkstoffkonzentration und einem fixen Druckgradienten von 150 mm Hg gemessen (direkte Methode). Das Vorgehen bei der Versuchsauswertung und bei der graphischen Darstellung der Ergebnisse entspricht dem bei der Frischblutverarbeitung (s.o.).

Die mit "O" bezeichnete Kurve beschreibt das Ergebnis der Parallelmessungen ohne Filterpassage und zeigt, daß der destabilisierende Effekt im wesentlichen durch Erniedrigung der mechanischen Resistenz und nicht durch pharmakoninduzierte Hämolyse verursacht ist.

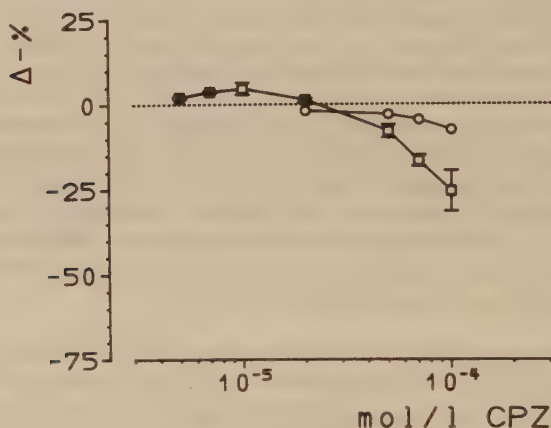


Abb.17

Einfluß von **Chlorpromazin** (CPZ) auf die Empfindlichkeit von Erythrozyten aus einer frischen ACD-Konserve gegen Scherkräfte; Messung im **hypotonen** Suspensionsmedium (260 mOsm). Es zeigen sich geringe stabilisierende und größere destabilisierende Wirkungen auf die mechanische Fragilität. Die Messungen wurden mit einer fest eingestellten Druckdifferenz von 150 mm Hg an Erythrozyten derselben Konserve wiederholt durchgeführt.

"Δ%" = Prozentdifferenz intrazellulären Hämoglobins
(Meßwert minus Kontrollwert ohne CPZ)

"□" = gefilterte Erythrozyten

"O" = Parallelmessung ohne Filterpassage

Die Stabilisierung war bei den Erythrozyten aus der frischen ACD-Konserve (Abb.17) etwas größer als bei denen der Frischblutspender (Abb.16), das Signifikanzniveau jedoch deutlich schlechter; vgl. hierzu die Tabellen im Anhang. Eine Ausnahme bildet das Ergebnis mit 7 µmol/l CPZ: dessen Unterschied zur Kontrolle hat eine Irrtumswahrscheinlichkeit von 3.8%; das höhere P-alpha von 12% bis 24% bei den benachbarten Konzentrationen läßt aber an eine falsch positive Aussage denken.

Die Daten mit destabilisierenden Wirkstoffkonzentrationen verfehlen zwar das 5%-Signifikanzniveau; aufgrund der eindeutigen Tendenz der beiden Kurven kann aber dennoch behauptet werden, daß Chlorpromazin ab 50 µmol/l die mechanische Resistenz auch bei Erythrozyten aus der ACD-Konserve vermindert.

Verändert **Chlorpromazin-Methojodid** die mechanische Resistenz von Erythrozyten aus Frischblut und aus einer frischen ACD-Konserve in **hypotonem** Suspensionsmedium?

Bei Untersuchung von Frisch- und ACD-Konservenblut in hypotonem Suspensionsmedium konnte kein Einfluß von Chlorpromazin-Methojodid auf die mechanische Resistenz von Erythrozyten gefunden werden. Abb.18 zeigt den ausbleibenden Effekt dieses kationischen Wirkstoffs. Die mit "□" gekennzeichnete Kurve entstand durch Verarbeitung eines Frischblutansatzes in 260 milliosmolarem Suspensionsmedium mit 2 Meßreihen, woraus der Mittelwert der korrespondierenden Punkte aufgetragen wurde. Die Kurve "◇" ergibt sich entsprechend durch Verarbeitung eines Ansatzes aus Konservenblut mit 4 Meßreihen.

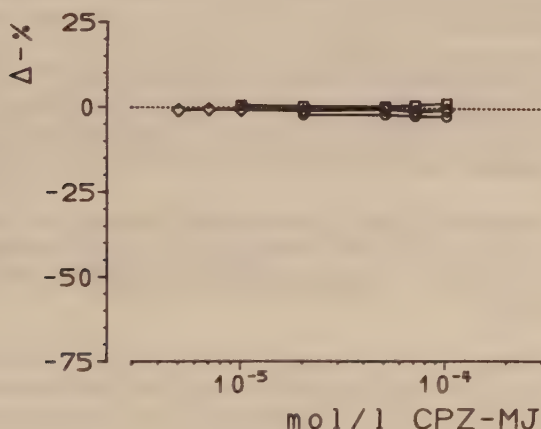


Abb.18

Kein Einfluß von **Chlorpromazin-Methojodid** (CPZ-MJ) auf die Empfindlichkeit von Erythrozyten gegen Scherkräfte. Die Messungen wurden mit einer fest eingestellten Druckdifferenz von 150 mm Hg durchgeführt. Die Erythrozyten wurden frisch gespundet bzw. einer ACD-Konserve entnommen und in hypotonem Suspensionsmedium (260 mOsm) untersucht.

- "Δ%" = Prozentdifferenz intrazellulären Hämoglobins (Meßwert minus Kontrollwert ohne CPZ-MJ)
- "□" = Frischblut - filtrierte Erythrozyten
- "◇" = ACD-Konserve - filtrierte Erythrozyten
- "○" = ACD-Konserve - Parallelmessung ohne Filterpassage

Die Messung erfolgte mit variabler Wirkstoffkonzentration bei einem fest eingestellten Druckgradienten von 150 mm Hg. Berechnung der Prozentverschiebung gegen die Kontrolle und Mittelung der Einzelmessungen wurden ebenso wie die graphische Auftragung wie bisher durchgeführt. Die mit "O" bezeichnete Kurve zeigt das Ergebnis der Parallelmessungen ohne Filterpassage, die mit Erythrozyten aus Konservenblut durchgeführt wurden. Für Frischblut liegt keine Parallelmessung vor.

Wie verändert **Natrium-dodecylsulfat** die mechanische Resistenz von Erythrozyten aus einer frischen ACD-Konserve in **hypotonem** Suspensionsmedium?

Abb.19 zeigt die ab einer Konzentration von 50 $\mu\text{mol/l}$ eintretende Destabilisierung der untersuchten hypoton suspendierten Erythrozytenpopulation. Der Effekt beruht nicht auf erniedrigter mechanischer Resistenz, sondern resultiert aus pharmakoninduzierter Vorhämolyse. Die gezeigten Kurven ergaben sich durch Untersuchung von Erythrozyten einer frischen ACD-Konserve in 260 milliosmolarem Suspensionsmedium. Es wurden je 2 SDSVerdünnungsreihen ange-setzt und die Hämoglobinfreigabe mit und ohne Filterpassage gemessen.

Der Versuch erfolgte mit variabler Wirkstoffkonzentration bei einem Druckgradienten von 150 mm Hg. Für die Berechnung der Prozentverschiebung gegen die Kontrolle, Mittelung der Einzelmessungen und graphische Auftragung gilt das bisher Gesagte.

Die Parallelmessung ohne Filterpassage zeigt in Beginn und Steilheit der destabilisierenden Wirkung gleiches Verhalten wie die "Filterkurve". Die Werte der Parallelmessung dürften theoretisch nicht unterhalb der "Filterwerte" liegen. Es sei aber nochmals daran erinnert, daß für diese Parallelreihe kein Kontrollwert ohne Pharmakon existiert und deswegen ersatzweise die Differenz zu 100% intrazellulärem Hämoglobin als Näherung dargestellt wird. Wegen der Spontanhämolyse liegt diese Kurve etwas zu niedrig.

Die geringe stabilisierende Wirkung liegt in der gleichen Größenordnung (kleiner 5%) wie bei Chlorpromazin. Da hier aber nur eine Population untersucht wurde, ist eine statistische Aussage für Effekte in beiden Richtungen nicht möglich.

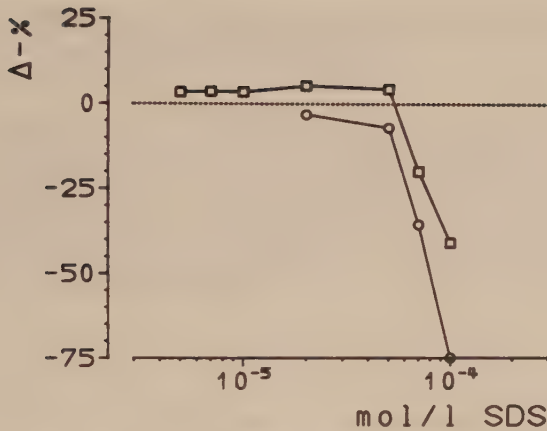


Abb.19

Kein nachweisbarer Einfluß von **Na-dodecylsulfat** (SDS) auf die Empfindlichkeit von Erythrozyten gegen Scherkräfte. Die Dosis-Wirkungs-Kurve zeigt mit und ohne Filtration gleichen Verlauf. Die Messungen wurden mit einer fest eingestellten Druckdifferenz von 150 mm Hg in hypotonem Suspensionsmedium (260 mOsm) an Erythrozyten einer frischen ACD-Konserve wiederholt durchgeführt.

"Δ%" = Prozentdifferenz intrazellulären Hämoglobins
(Meßwert minus Kontrollwert ohne SDS)

"□" = filtrierte Erythrozyten

"○" = Parallelmessung ohne Filterpassage

Verändert Na-Thiopental die mechanische Resistenz von Erythrozyten aus einer frischen ACD-Konserve in hypotonem Suspensionsmedium?

Abb.20 zeigt einen geringen stabilisierenden Effekt von Na-Thiopental (unter 10%) auf die mechanische Resistenz der untersuchten hypoton suspendierten ACD-Erythrozyten. Die mit "□" gekennzeichnete Kurve entstand durch Messung mit einer Zellpopulation aus ACD-Konservenblut in 260 milliosmolarem Suspensionsmedium. Es erfolgten 5 Versuchsreihen mit einem fixen Druckgradienten von 150 mm Hg; Auswertung und graphische Darstellung geschahen wie bisher. Kontrollreihen ohne Filterpassage mit variabler Wirkstoffkonzentration fanden diesmal nicht statt.

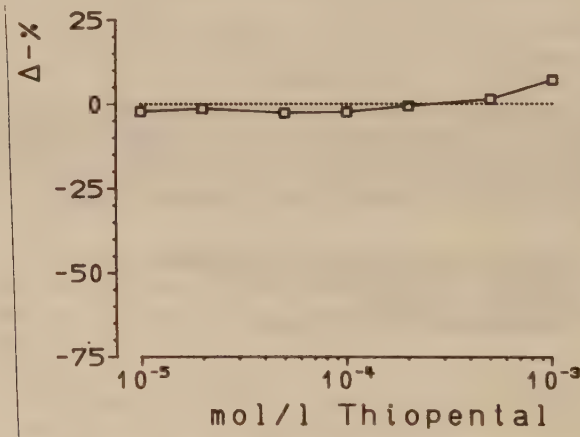


Abb.20

Einfluß von **Thiopental-Natrium** auf die Empfindlichkeit von Erythrozyten gegen Scherkräfte. Eine geringe stabilisierende Wirkung dieses Barbitursäurederivats wird ab 1 mmol/l sichtbar. Die Messungen wurden mit einer fest eingestellten Druckdifferenz von 150 mm Hg in hypotonem Suspensionsmedium (260 mOsm) durchgeführt. Untersucht wurden Erythrozyten einer frischen ACD-Konserve in wiederholter Versuchsdurchführung.

"Δ%" = Prozentdifferenz intrazellulären Hämoglobins
(Meßwert minus Kontrollwert ohne Thiopental)

Verändert Thiazinamium die mechanische Resistenz von frisch gespendeten Erythrozyten in hypotonem Suspensionsmedium?

Thiazinamium hat offensichtlich keinen Einfluß auf die mechanische Fragilität der hier untersuchten Erythrozyten. Die Hämoglobinfreisetzung nimmt mit etwa gleichem Beginn bei 5 bis 10 mmol/l und gleicher Steilheit zu, wie dies bei der Parallelmessung ohne Filterpassage registriert wurde. Dies spricht für eine chemisch induzierte Hämolyse, eine mechanische Resistenzabnahme kann somit nicht festgestellt werden.

Für die Kurven in Abb.21 wurden frisch gespendete Erythrozyten in 260 milliosmolarem Suspensionsmedium untersucht. Es erfolgten 2 Meßreihen mit variabler Wirkstoffkonzentration bei einem fixen Druckgradienten von 150 mm Hg; zusätzlich wurde eine Parallelmessung ohne Filterpassage durchgeführt. Die Auswertung gleicht dem bereits beschriebenen Vorgehen.

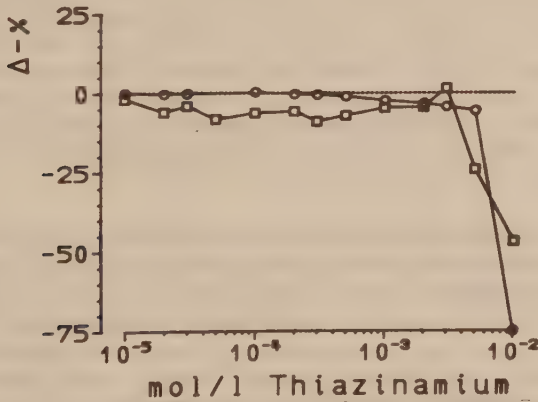


Abb.21

Einfluß von Thiazinamium auf die Empfindlichkeit von Erythrozyten gegen Scherkräfte. Die Dosis-Wirkungs-Kurve zeigt mit filtrierten Erythrozyten wie bei der Parallelmessung ohne Filterpassage nahezu gleichen Verlauf. Die Messungen wurden mit einer fest eingestellten Druckdifferenz von 150 mm Hg in hypotonem Suspensionsmedium (260 mOsm) an frisch gespendeten Erythrozyten wiederholt durchgeführt.

"Δ%" = Prozentdifferenz intrazellulären Hämoglobins
(Meßwert minus Kontrollwert ohne Thiazinamium)

"□" = filtrierte Erythrozyten

"○" = Parallelmessung ohne Filterpassage

VERSUCHSAUFBAU DER DESORPTIONSMETHODE

Mit der Desorptionsmethode wurde die Fähigkeit von Erythrozyten untersucht, enge Poren in Abhängigkeit von ihrem osmotischen Schwellungszustand zu passieren. Das Vorgehen besteht in einer gering modifizierten "Hygroskopischen Desorptionsmethode", die von Conrad et al. (19, 20) und Bondy et al. (6) beschrieben wurde. Versuchsziel war es festzustellen, inwieweit sich die Passagefähigkeit unter Einfluß von Chlorpromazin, Thiazinamium und Albumin ändert.

Versuchsanordnung

Bei der Prüfung des Durchtrittsvermögens der Erythrozyten fanden die gleichen Polycarbonat-Filter Verwendung wie bei den Versuchen mit Überdruck; für die Materialbeschreibung wird dorthin verwiesen. Auf den Filter aufgebraute Erythrozytensuspension mußte so nach unten abgesaugt werden, daß eine nicht passagefähige Zellfraktion auf der Filteroberfläche verblieb. Die abgezogene Lösung mitsamt den zum Porendurchtritt fähigen Erythrozyten wurde dabei von einem Zellulosefilz (Fa. Whatman Ltd., England) aufgrund seiner Kapillarkwirkung aufgenommen. Um möglichst gleichbleibenden Kapillar-Sog zu erhalten, wurde regelmäßig für jede Probe ein Teil der Zellulosescheibchen ausgewechselt.

Der entstehende Sog wäre groß genug gewesen, um diejenigen Zellen platzen zu lassen, die zur Porenpassage nicht genügend verformbar waren. Ein "Zwischenfilter", bestehend aus einem Monofilament-Nylonnetz (Fa. Eckert Seidengazefabrik, Zürich; ASTM 140-105) sorgte daher für Verminderung der Saugwirkung. Polycarbonatfilter, Zwischenfilter und mehrere Filzscheibchen waren in dieser Reihenfolge von oben nach unten in einem Schraubgefäß fest eingespannt. Die Oberseite war zum Aufpipettieren der Suspensionen frei zugänglich.

Ausführung

Die Herstellung einer Suspension mit Hämatokrit 2% erfolgte wie bereits beschrieben aus dreimal in PBS gewaschenen Erythrozyten, Medium war ebenfalls PBS. Bei allen Desorptionsversuchen wurde frisch entnommenes Venenblut verschiedener Spender verarbeitet. Die Proben wurden nach Einstellen der gewünschten Osmolarität (siehe unten) auf Eppendorf-Cups zu je 1 ml verteilt, wo dann auch eventuelle Inkubation mit einem Pharmakon stattfand.

Aus jedem Probengefäß wurden 100 µl auf die Filteroberfläche pipettiert und die Desorption der Flüssigkeit abgewartet. Daraufhin wurde der Filter aus dem Schraubgefäß entnommen und in 1 ml Wasser gewaschen. Das Hämoglobin der vom Filter zurückgehaltenen Erythrozyten konnte dann photometrisch gemessen werden.

Um den 100%-Standard zu bestimmen, wurden für jeden Meßpunkt gleichzeitig mit den Proben 100 µl Suspension aus demselben Gefäß in 1 ml Wasser pipettiert. Das Meßvolumen des Standards betrug daher 1.1 ml, wogegen das Probenvolumen durch das Einwaschen von Erythrozyten vernachlässigbar wenig zunahm. Bei der Prozentrechnung wurde die Volumendifferenz zwischen Standard und Probe berücksichtigt, siehe unten.

Osmotische Verdünnungsreihe

Die Anfertigung einer Verdünnungsreihe mit stufenweise erniedrigter Osmolarität geschah durch Erweitern des jeweils erforderlichen Zellsuspensionsvolumens (Hk=2) mit Wasser auf 1 ml, wobei gilt:

$$V_s = O_p / 0.9$$

V_s = erforderliches Volumen Suspension;

O_p = gewünschte Osmolarität des Probenmediums,
in % der NaCl-Konzentration angegeben.

Dementsprechend erniedrigte sich auch der Hämatokritwert, z.B. auf Hk=1% bei 0.45% NaCl. Die Bestimmungen wurden nacheinander mit fallender Osmolarität durchgeführt, um einer Kontamination der nachfolgenden Probe durch Hämoglobin vorzubeugen.

Vor jeder Messung wurden Filter und Zwischenfilter in 15-prozentiger Isopropanol-Lösung gewaschen, dann im Schraubgefäß eingespannt und das restliche Isopropanol mit 100 µl Wasser vom Filter entfernt. Da die Filter eine glatte und eine weniger glatte Oberfläche aufwiesen und über etwaige Einflüsse dieses Umstands nichts bekannt war, wurden sie jedesmal mit der glatten Seite nach oben eingelegt.

Berechnung Prozent Erythrozyten auf Filter

Das freigesetzte Hämoglobin wurde nach Zentrifugation auf gleiche Weise wie bei den anderen Methoden photometrisch bestimmt. Der Prozentsatz derjenigen Erythrozyten, die aufgrund ihrer Volumenzunahme im hypotonen Medium die Filterporen nicht passieren konnten, ergibt sich aus der Gleichung

$$Y = 100 * V * E/H.$$

Y = % zurückgehaltene Erythrozyten

V = Volumenkorrekturfaktor

(=Vol. Probe / Vol. Standard; siehe oben).

E = Extinktion 1 ml Filterwaschwasser

H = Extinktion 100 μ l Suspension + 1 ml Wasser

Der so berechnete Prozentsatz nicht permeierender Zellen wurde gegen die NaCl-Konzentration graphisch aufgetragen.

Osmotische Hämolyse zur Kontrolle

Als Plausibilitätskontrolle erfolgte bei einem Teil der Versuche die Bestimmung der osmotischen Hämolyse parallel zu den Filterversuchen. Aus denselben Probengefäßen wurden 100 μ l der hypotonen Suspension anstatt auf den Filter in 1 ml PBS pipettiert, für den 100%-Standard in 1 ml Wasser. Für die Berechnung des Anteils intrazellulären Hämoglobins in Prozent gilt:

$$Y = 100 * (1-E/H).$$

Y = % intrazelluläres Hämoglobin

E = Extinktion 100 μ l Suspension + 1 ml PBS

H = Extinktion 100 μ l Suspension + 1 ml Wasser

Diese Prozentwerte können zum Vergleich in dasselbe Koordinatensystem eingetragen werden wie die Prozente zurückgehaltener Erythrozyten. Letztgenannter Parameter muß gleichzeitig mit dem Einsetzen der osmotischen Hämolyse abfallen, weil dann freigesetztes Hämoglobin und Erythrozytenreste passagfähig sind. Abb.22 zeigt als Beispiel den fast deckungsgleichen Verlauf der beiden Parameter ab 0,46 g% NaCl.

Osmot. Reihe mit einer festen Wirkstoffkonzentration

Die osmotischen Reihen wurden mit einem Teil der NaCl-Konzentrationen nochmals ausgeführt, nachdem die Proben mit einer bestimmten Konzentration eines Pharmakons inkubiert worden waren:

Chlorpromazin $2 \cdot 10^{-5}$ mol/l

Thiazinamium 10^{-3} mol/l

Albumin 2 mg/ml

Die Konzentrationen wurden wie üblich eingestellt, indem zu 1 ml Probe 10 μ l einer Wirkstofflösung mit 100-facher Nennkonzentration hinzupipettiert wurden. Kontrollen ohne Pharmakon erhielten das gleiche Volumen Wasser. Die Berechnung des Prozentsatzes nicht permeierender Erythrozyten und die Eintragung in das Koordinatensystem (Prozent Zellen auf Filter gegen Prozent NaCl) erfolgte wie bei den anderen osmotischen Reihen.

Dosis-Wirkungs-Kurven

Für die Dosis-Wirkungs-Kurven wurde eine NaCl-Konzentration gewählt, bei der voraussichtlich 50% der Erythrozyten aufgrund ihrer osmotischen Schwelung die Filterporen nicht passieren können und daher auf der Filteroberfläche verbleiben. Dieser Wert wurde für jeden Spender neu bestimmt. Er lag immer zwischen 0.45 g% und 0.5 g% NaCl.

Eine solche hypotone Erythrozyten-Suspension wurde auf Eppendorf-Cups zu je 1 ml verteilt und anschließend Pharmakonlösung hinzupipettiert. Der Desorptionsversuch erfolgte nach mindestens 7 min Inkubationszeit.

ERGEBNISSE DER DESORPTIONSMETHODE

Wie beeinflußt die **Osmolarität** des Suspensionsmediums die Passagefähigkeit von Erythrozyten durch enge Filterporen?

Im Gegensatz zu den Versuchen nach der Scherkraftmethode, wo die Erythrozyten mit Hilfe genügend starken Überdrucks durch den Filterkanal gepreßt wurden, war die treibende Kraft bei der Desorptionsmethode deutlich geringer. Es konnten daher nur genügend verformbare Erythrozyten den 3μ dicken Kanal passieren; der Rest verblieb auf der Filteroberfläche.

In Abb.22 zeigt die mit "□" gekennzeichnete Kurve den Anteil der nicht passagefähigen Zellen in Abhängigkeit von der Osmolarität des Suspensionsmediums. Unter isotonen Verhältnissen können Erythrozyten die Filterkanäle ohne weiteres durchfließen. Mit abnehmender NaCl-Konzentration wird aufgrund osmotisch bedingter Volumenzunahme die Passage immer mehr behindert und ein größerer Teil der Erythrozyten verbleibt auf der Filteroberfläche. Mit Einsetzen der osmotischen Hämolyse bei etwa 0.46 g% NaCl fällt die Kurve wieder ab, weil die geplatzen Zellen durchgespült und daher nicht mehr auf dem Filter nachgewiesen werden.

Eine weitere, mit "○" gekennzeichnete Kurve stellt den Verlauf der parallel mitgemessenen osmotischen Hämolyse dar. Sie demonstriert zur Plausibilitätskontrolle, daß osmotische Hämolyse und Abnahme der auf dem Filter verbleibenden Zellen gleichen Beginn und gleiche Steilheit aufweisen; die beiden Kurven sind unterhalb 0.46 g% NaCl gleichlaufend. Bis 0.46 g% NaCl bleiben daher aufgrund osmotischer Volumenzunahme immer mehr Zellen auf der Filteroberfläche. Unterhalb dieser Marke wird weniger Hämoglobin auf dem Filter nachgewiesen, weil es aus den Erythrozyten freigesetzt wird und somit die Filterporen passieren kann.

Die Daten der Abb.22 kamen durch Mittelung der Ergebnisse von 4 verschiedenen Erythrozytenpopulationen zustande. Die Symbole bezeichnen die Medianwerte; die zugehörigen Quantile $p=0.25$ und $p=0.75$ sind markiert.

Die folgenden Abbildungen zeigen den Einfluß verschiedener Pharmaka auf die Größe der auf der Filteroberfläche zurückgehaltenen Erythrozytenfraktion. Auf der Ordinate ist nicht mehr der Prozentanteil dieser Fraktion selbst, sondern die Prozentdifferenz zur Kontrolle ohne Wirkstoff dargestellt. Solche Kontrollmessungen wurden mit den gleichen Stammsuspensionen parallel zur Messung mit Pharmakon durchgeführt.

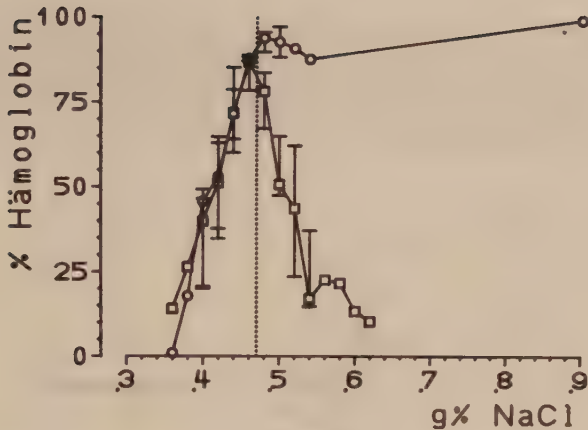


Abb.22

Einfluß der Osmolarität des Suspensionsmediums auf die Passagefähigkeit von Erythrozyten durch 3μ dicke Filterporen. Mit abnehmender NaCl-Konzentration werden zunehmend Zellen zurückgehalten; ab 0,46 g% NaCl setzt osmotische Hämolyse ein, Zellinhalt und Membranen können den Filter passieren. Die Abbildung zeigt Medianwerte aus 4 Desorptionsreihen und 4 osmotischen Hämolyseereihen, beide ohne Pharmakonzusatz. Horizontale Markierungen begrenzen den 50%-Interquantiilsbereich.

"□" = Prozent retinierte Erythrozyten (% Hb auf Filter)

"○" = osmotische Hämolyse (% intrazelluläres Hb)

Wie verändert Chlorpromazin die Passagefähigkeit der Erythrozyten?

Die bekannte osmotische Stabilisierung durch eine Chlorpromazinkonzentration von etwa $20\mu\text{mol/l}$ läßt erwarten, daß mit einer NaCl-Verdünnung, die einer halbmaximalen osmotischen Hämolyse entspricht, mehr intakte (aber nicht passagefähig) Zellen auf der Filteroberfläche verbleiben als ohne CPZ. Der nach hypoton abfallende Teil der "Filterkurve" in Abb.22 geht mit der Hämolysekurve mit. Ein antihämolytischer Pharmakoneffekt muß diesen Kurventeil zusammen mit der Hämolysekurve nach hypoton verschieben, so daß in diesem Bereich eine positive Prozentdifferenz zur Kontrolle entsteht.

Abb.23 zeigt bei drei von vier Messungen tatsächlich bei 0,45 g% NaCl eine Vergrößerung der auf der Oberfläche zurückgehaltenen Fraktion im Vergleich zur Kontrolle ohne Chlorpromazin. Die Differenz beträgt bei den drei Versuchen mit $20\mu\text{mol/l}$ CPZ 15%, 37% bzw. 43% (Kurve "○", "Δ" bzw. "□"); das Signifikanzniveau liegt bei 6,5%. Bei noch geringerer Osmolarität wird ein

Rückgang dieses Effekts erwartet, weil CPZ die osmotische Hämolyse nicht mehr auffangen kann. In Richtung auf isotone Verhältnisse werden die Zellen wieder ein eher normales Volumen erhalten und können mit oder ohne CPZ gleichermaßen durch den Filterkanal treten, die Kurve in Abb.23 nähert sich infolgedessen wieder der Nulllinie.

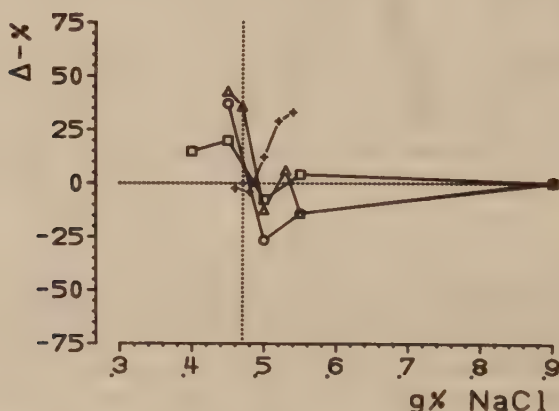


Abb.23

Einfluß von **Chlorpromazin** (CPZ) auf die Passagefähigkeit von Erythrozyten durch die Filterporen. Bei 3 von 4 Versuchen verbesserte CPZ die Verformbarkeit in 0,5 g% NaCl. Sonst zeigt sich eher eine verminderte Passagefähigkeit. Die Meßwerte wurden mit einer antihämolysierenden CPZ-Konzentration ermittelt. Ohne CPZ liegt das Maximum der Zellretention bei 0,47 g% NaCl (vertikale gestrichelte Linie).

"Δ%" = Prozentdifferenz retinierter Erythrozyten
(Meßwert minus Kontrollwert ohne CPZ)

"O", "Δ", "□" = Chlorpromazin $2,0 \cdot 10^{-5}$ mol/l

"+" = Chlorpromazin $2,5 \cdot 10^{-5}$ mol/l

Bei den drei genannten Beobachtungen mit einer fixen CPZ-Konzentration von $20 \mu\text{mol/l}$ haben sich Zunahmen der permeablen Fraktionen gezeigt, wenn das Suspensionsmedium 0,5 g% NaCl enthält. Mit dieser NaCl-Konzentration findet praktisch keine osmotische Hämolyse statt. Der Medianwert der Differenzen beträgt etwa 12% (vgl. Tabelle zu Abb.23 im Anhang). Der Unterschied zur Kontrolle besitzt aber nur ein geringes Signifikanzniveau (P-alpha etwa 27%, geringe Fallzahl!).

Bei einem weiteren Versuch, diesmal mit 25 mikromolarer Chlorpromazinkonzentration (in Abb.23 mit "+" gekennzeichnet), war eine solche Erhöhung der Passagefähigkeit nicht zu beobachten; es verblieben sogar mit NaCl-Konzen-

trationen zwischen 0.5 g% und 0.54 g% deutlich mehr Erythrozyten auf der Filteroberfläche (bis über 30%). Abb.24 zeigt diese Messung nochmals mit den Originalprozenten des zurückgehaltenen Anteils. Der nach hypoton ansteigende Teil der "Filterkurve" wird durch CPZ nach isoton verschoben; die Passagebehinderung setzt mit Pharmakon also schon bei geringerer NaCl-Verdünnung ein.

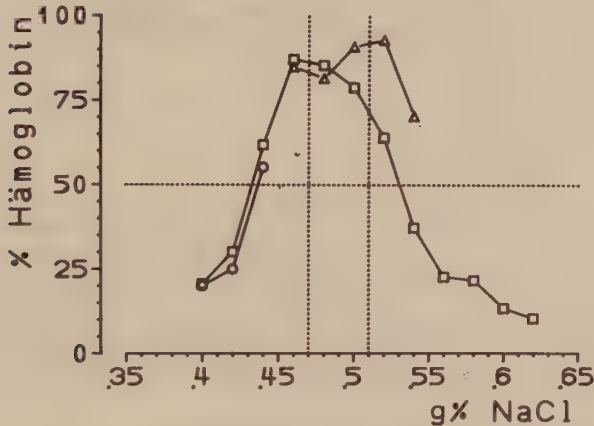


Abb.24

Einfluß von Chlorpromazin (CPZ) auf die Passagefähigkeit von Erythrozyten durch die Filterporen. CPZ bewirkt eine Retention der Zellen schon bei geringerer osmotischer Schwellung. Die Maxima der Retention liegen bei 0.47 g% NaCl ohne CPZ und 0.51 g% NaCl unter Einfluß einer antihämolytischen CPZ-Konzentration.

- "□" = Prozent retinierte Erythrozyten
(% Hb auf Filter) ohne CPZ
- "Δ" = dto. mit Chlorpromazin $2.5 \cdot 10^{-5}$ mol/l
- "○" = osmotische Hämolyse (% intrazelluläres Hb)

Die Resultate weiterer Untersuchungen, diesmal mit variabler CPZ-Konzentration, sind in Abb.25 dargestellt. Die mit "○" bezeichnete Kurve beschreibt den Anteil nicht permeabler Erythrozyten einer Suspension mit 0.46 g% NaCl. Bei dieser Kochsalzverdünnung setzt gerade osmotische Hämolyse ein. Die anderen beiden Messungen wurden mit 0.5 g% NaCl ausgeführt. Mit 40 mikromolarer Chlorpromazinelösung ist bei beiden Kurven ein deutlicher Anstieg der auf dem Filter zurückgehaltenen Fraktion zu verzeichnen. Angesichts der durch diese Wirkstoffkonzentration verursachten Formveränderung des Erythrozyten (vgl. Diskussion) erscheint dies plausibel. Eine Verbesserung der Passagefähigkeit läßt sich mit 0.5 g% NaCl bei keiner Chlorpromazinkonzentration erkennen, die Daten sprechen eher für Passagebehinderung. Mit 0.46 g% NaCl beträgt die geringe Förderung der Passage nicht mehr als 5% und liegt somit im Bereich des Versuchsfehlers.

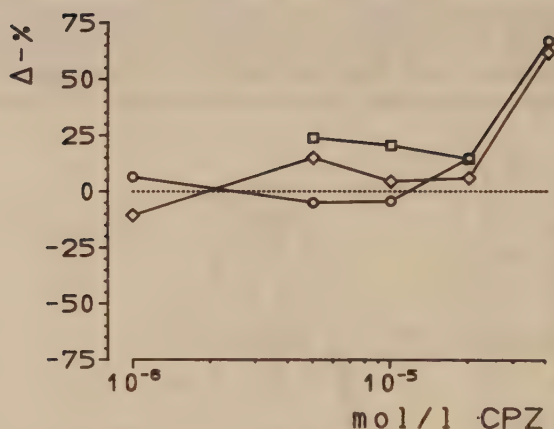


Abb.25

Einfluß von **Chlorpromazin** (CPZ) auf die Passagefähigkeit von Erythrozyten durch die Filterporen. Es findet sich in 0.5 g% NaCl kein eindeutiger Hinweis auf eine verbesserte Verformbarkeit. In 0.46 g% NaCl setzt gerade osmotische Hämolyse ein (s. Text und Abb.22).

"Δ%" = Prozentdifferenz retinierter Erythrozyten
(Meßwert minus Kontrollwert ohne CPZ)

"□", "◇" = Chlorpromazin in 0.50 g% NaCl

"○" = Chlorpromazin in 0.46 g% NaCl

Wie verändert **Thiazinamium** die Passagefähigkeit der Erythrozyten?

Thiazinamium in 1 millimolarer Konzentration verbesserte das Passageverhalten in 0.5- bis 0.48-prozentiger Kochsalzlösung. Der Effekt beträgt zwischen 25% und 50% gegenüber der Kontrolle ohne Wirkstoff (Abb.26). Mit variabler Thiazinamiumkonzentration in 0.5 g% NaCl sind die Effekte nicht eindeutig erkennbar (Abb.27). Bei zwei von drei Populationen zeigte sich immerhin mit $5 \cdot 10^{-3}$ M Thiazinamium eine vergrößerte Passagefähigkeit von etwa 25% bis 30%. Das quaternäre Phenothiazin wurde mit dem gleichen Vorgehen untersucht wie Chlorpromazin.

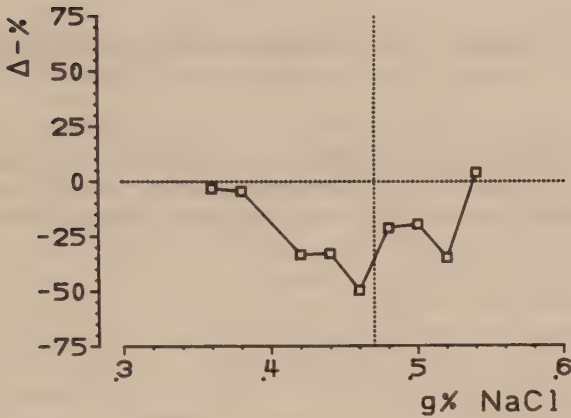


Abb.26

Thiazinamium verbesserte in einem Versuch die Passagefähigkeit von Erythrozyten durch die Filterporen. Die Meßwerte wurden mit einer antihämolysischen Thiazinamium-Konzentration von 1 millimol/l ermittelt. Das Maximum der Retention ohne Thiazinamium liegt bei 0.47 g% NaCl (vertikale gestrichelte Linie).

"Δ%" = Prozentdifferenz retinierter Erythrozyten
(Meßwert minus Kontrollwert ohne Thiazinamium)

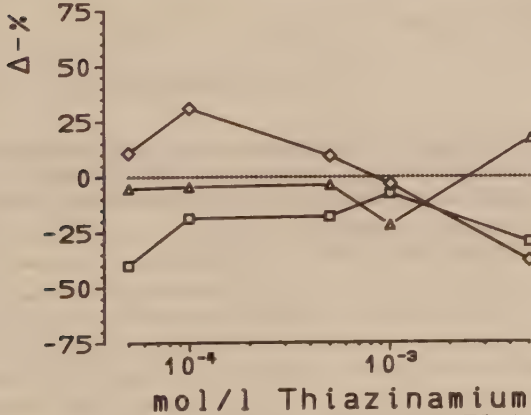


Abb.27

Einfluß von **Thiazinamium** auf die Passagefähigkeit von Erythrozyten durch die Filterporen. Eine verbesserte Verformbarkeit ist hier nicht eindeutig erkennbar. Die drei Erythrozytenpopulationen wurden in 0.5 g% NaCl untersucht.

"Δ%" = Prozentdifferenz retinierter Erythrozyten
(Meßwert minus Kontrollwert ohne Thiazinamium)

Wie verändert **Albumin** die Passagefähigkeit der Erythrozyten?

Die Untersuchung einer albuminhaltigen Erythrozytensuspension erbrachte verminderte Passagefähigkeit. Die Differenz zur Kontrolle ohne Albumin beträgt bis zu 21% (Abb.28). Die Albuminkonzentration war für alle NaCl-Verdünnungsstufen 2 mg/ml. Arbeitsweise und Auswertung entsprechen dem bisher Gesagten.

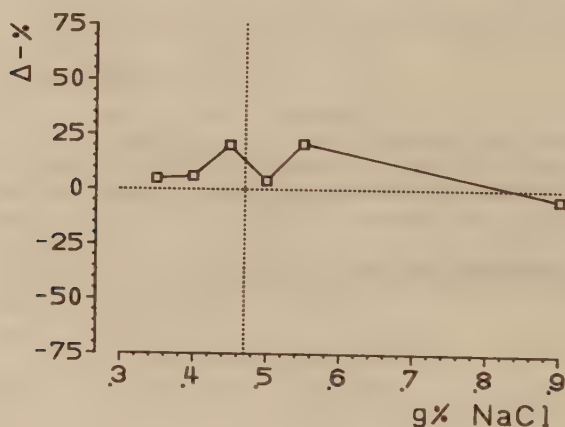


Abb.28

Albumin vermindert die Passagefähigkeit von Erythrozyten durch die Filterporen. Die Meßwerte wurden mit 2 mg/ml Albumin ermittelt. Das Maximum der Retention ohne Albumin liegt bei 0.47 g% NaCl (vertikale gestrichelte Linie).

"Δ%" = Prozentdifferenz retinierter Erythrozyten
(Meßwert minus Kontrollwert ohne Albumin)

DISKUSSION DER ERGEBNISSE

Der antihämolytische Effekt von Phenothiazinen ist seit langem bekannt (54, 61-66) und wird von einigen Autoren (61-66) auf eine membranexpandierende Wirkung zurückgeführt, die das Oberflächen-Volumen-Verhältnis beim Erythrozyten vergrößert. Erstaunlich ist aber die Tatsache, daß auch quarternäre Phenothiazine wie Chlorpromazin-Methojodid und Thiazinamium gegen osmotische Hämolysen stabilisieren (54), obwohl diese Substanzen eine obligate positive Ladung tragen und daher in die Lipidphase biologischer Membranen kaum eindiffundieren können. Der vorliegenden Arbeit liegt die Idee zugrunde, daß der stabilisierende Effekt weniger von einer primären Diffusion von Wirkstoffmolekülen in die Membran abhängt, sondern vielmehr eine mechanische Vorbelastung voraussetzt. Um zwischen den genannten Möglichkeiten zu entscheiden, wurden mit der Ultraschall- und der Scherkraftmethode kurzfristige mechanische Belastungen gesetzt und mit der Desorptionsmethode die Verformbarkeit von Erythrozyten unter geringen, aber länger anhaltenden Kräften geprüft. Der Einfluß der benutzten anionischen, kationischen und nichtionischen Pharmaka auf die Größen Hämoglobinfreisetzung (Ultraschall- und Scherkraftmethode) und Verformbarkeit (Desorptionsmethode) wird im folgenden diskutiert.

Hämolysen durch Ultraschall

Die Hämoglobinfreigabe durch Ultraschall war von der Schallintensität und von der Beschallungsdauer abhängig. Es konnte eine einfach-exponentielle Abhängigkeit von der Beschallungszeit nachgewiesen werden. Der genaue Mechanismus der Zellzerstörung ist nicht vollständig klar. Die größte Bedeutung haben wahrscheinlich Kavitationen. Diese bilden sich ab einer Schallintensität von 0.7 at laut Firmenprospekt des Geräteherstellers MSE. Die Gasbläschen wachsen bis zu einer kritischen Größe an: 11μ laut MSE; 150μ nach Hughes et al. (33), berechnet aus der dort (S.109) angegebenen Gleichung für 20 kHz. Während der Phase des Anwachsens treten deutliche frequenzabhängige Vibrationen auf, die Mikroströmungen in der unmittelbaren Umgebung der Bläschen verursachen; nach Erreichen der "Resonanzgröße" implodieren die Kavitationen unter Erzeugung hoher Scherkräfte, Temperaturen und Druckwellen: 10^4 K bzw. 10^6 at; Anwachsen und Kollaps ereignen sich in einer Zeit kleiner als ein Schallzyklus (33; MSE Publ. No.502), also kleiner als 50 μ sec bei 20 kHz. Die physikalischen Folgen der Implosion von Kavitationen verursachen zwar Hämolysen, sind hierzu aber nicht essentiell; es genügen bereits die Mikroturbulenzen um die vibrierende Gasblase, um ausreichende Scherkräfte zu erzeugen (33, 55).

Nach Tarssanen (72) verläuft die Ultraschall-Hämolyse nach dem "Alles-Oder-Nichts"-Prinzip. Membranvorschädigungen (proteolytisch, lipolytisch, mechanisch), welche die osmotische Resistenz der Erythrozyten herabsetzen, haben gemäß der genannten Arbeit keinen Einfluß. Hieraus schließt Tarssanen, daß Membraneigenschaften die Ultraschall-Fragilität nicht beeinflussen. Es seien vor allem Volumen und Viskosität des Zellinnern bestimmend. Auch in der vorliegenden Arbeit konnte bestätigt werden, daß hypotone Volumenvergrößerung in Suspensionsmedien von 0.5 g% NaCl die Empfindlichkeit erhöht, hypertone Zellschrumpfung in Medien ab 1.5 g% NaCl dagegen stabilisierend wirkt (Abb.3). Beschallung in 0.75 g% NaCl erbrachte keinen signifikanten Unterschied zur isotonen Kontrollmessung. In Übereinstimmung mit der Behauptung von Tarssanen zeigt der fehlende Effekt von HN3 (Abb.6), daß die durch Rigidifizierung der Membran veränderten mechanischen Eigenschaften von der Ultraschallmethodik nicht erfaßt wurden.

Es fehlt allerdings der Beweis, daß die von Tarssanen gesetzten Membranvorschädigungen auch zu einer unmittelbaren Änderung des Oberflächen-Volumen-Verhältnisses in der Größenordnung führen, wie sie von Seeman in mehreren Publikationen (z.B. in seiner Übersichtsarbeit, 62) als Effekt von Anästhetika postuliert wird. Das Oberflächen-Volumen-Verhältnis müßte ebenfalls einen gewissen Einfluß besitzen, denn es sind z.B. sphärische einzellige Organismen grundsätzlich empfindlicher als stäbchenförmige (MSE Tech. Publ. No.502). Chlorpromazin, Na-dodecylsulfat und HN3 zeigten keinen stabilisierenden oder destabilisierenden Einfluß auf die Ultraschall-Fragilität. Somit findet sich mit dieser Methodik kein Anhalt für eine primäre Wirkung dieser Pharmaka auf das Oberflächen-Volumen-Verhältnis.

Erhöhte Viskosität im Zellinnern senkt die Ultraschall-Fragilität des Erythrozyten; Scherkräfte hoher Energie, wie z.B. Implosion ultraschall-induzierter Kavitationen, fördern seine Eigenschaft als Flüssigkeitstropfen zutage; mit Hilfe niedrig-energetischer Scherkräfte können dagegen eher die Membraneigenschaften beobachtet werden (72). In der vorliegenden Arbeit spricht der beobachtete Einfluß der Osmolarität des Suspensionsmediums auf die Ultraschall-Fragilität dafür, daß die Viskosität des Zellinnern eine größere Bedeutung für die Fragilität haben muß als das Zellvolumen. Abb.3 zeigt, daß die Stabilisierung im hypertonen Medium um den Faktor 6 größer ist, als die Destabilisierung in hypotoner Suspension. Eine Ausdehnung des Meßbereichs über 3 g% NaCl bzw. unter 0.5 g% NaCl wird diesen Unterschied kaum noch vergrößern; bei höherer NaCl-Konzentration ist der Kurvenverlauf fast abszissenparallel; ab 0.46 g% NaCl setzt osmotische Hämolyse ein. Verglichen mit isotonen Verhältnissen ist die Volumenzunahme des Erythrozyten dem Betrag nach in 0.5 g% NaCl deutlich größer als seine Volumenabnahme in 3 g% NaCl. Im Gegenzug ändert sich die Viskosität des Zellinnern bei Messung im hypotonen

Medium lediglich proportional zur Osmolaritätsabnahme, wogegen sie im hypertonen wegen Bildung von Präzipitaten bzw. Kristallen überproportional ansteigt (57). Daß mehr Stabilisierung als Destabilisierung erreicht werden kann, wird somit besser durch Viskositätsänderung erklärt als durch Volumenschwankung.

Bessis et al. (3) beschreiben die Verformbarkeit des Erythrozyten als abhängig von intra- und extrazellulärer Viskosität. Sie definieren Verformbarkeit als Fähigkeit zur Längenzunahme unter Einfluß von Scherkräften. Mit steigender intrazellulärer Viskosität nehme die Verformbarkeit ab; sie nehme zu mit steigender Viskosität des Suspensionsmediums; entscheidend sei die Differenz zwischen intra- und extrazellulärer Viskosität. Es liegt der Gedanke nahe, daß die geringere Verformbarkeit in 3 g% NaCl die Stabilisierung gegen Ultraschall bewirkt. Dagegen spricht aber die Beobachtung, daß erhöhte Viskosität im Suspensionsmedium ebenfalls gegen Ultraschall stabilisiert (Abb.7, 8, 9), obwohl sich die Verformbarkeit hier gemäß den genannten Autoren erhöht. Mithin kann die Verformbarkeit nicht der entscheidende Parameter sein, der über Stabilisierung oder Destabilisierung entscheidet.

Die verminderte Empfindlichkeit in höher viskösen Medien äußert sich zum einen durch größere Halbwertszeit; zum anderen wird das Zwei-Kompartiment-Modell wahrscheinlicher, jedenfalls wenn man die Güte der Anpassung an einfache bzw. doppelte e-Funktion betrachtet (vgl. Abb.7 und 8). Wie oben diskutiert, entfällt die Veränderung der Verformbarkeit als Erklärung. Die beobachtete Stabilisierung kann somit auf verminderter Bewegung der Zellen im zäheren Flüssigkeitsstrom beruhen. Wenn man annimmt, daß die Verteilung der Schallintensität im Probengefäß genügend inhomogen ist, so muß sich ein Teil der Zellpopulation in einer "kritischen Zone" stärkerer Schallintensität aufhalten und wird relativ schnell zerstört. Der Austausch mit den Randzonen, wo die Zellen weniger belastet sind, ist nun aufgrund des zähflüssigen Mediums behindert, so daß der zeitlich verzögerte Nachschub in die "kritische Zone" mit der dortigen Zellzerstörung nicht wie bei normaler Viskosität schritthalten kann. Nach einer gewissen Anfangsphase kann der Einstrom intakter Zellen in diese Zone höherer Schallintensität zum limitierenden Faktor werden, was den flacheren Kurvenverlauf bei längeren Beschallungszeiten erklärt.

Die Vorstellung von einer "kritischen Zone" im Bereich des schallübertragenden Stabes, in der die eingespülten Erythrozyten nach dem "Alles-Oder-Nichts"-Prinzip zerstört werden, erklärt die exponentielle Zeitabhängigkeit der Hämoglobinfreigabe und das Fehlen jeglicher Einflüsse von Pharmaka auf die Ultraschall-Fragilität. Zum einen ist die Ultraschall-Hämolysen u.a. eine Funktion der Einspülrate in das "kritische" Kompartiment. Behinderung des Einspülens z.B. durch höher viskoses Suspensionsmedium vermindert die Hämoglobinfreigabe.

lyse. Scherkräfte spielen höchstens eine untergeordnete Rolle, denn sonst müßte das höher visköse Medium wegen verstärkter Zellverformung die Hämolysen erhöhen. Stattdessen werden Erythrozyten entweder ganz oder gar nicht zerstört, z.B. durch hohe Energiefreisetzung in unmittelbarer Nachbarschaft implodierender Kavitationen. Unter solch extremer Belastung kann eine Protektion oder Destabilisierung der Membran durch Pharmaka keine Bedeutung mehr haben. Lediglich die Veränderung des Oberflächen-Volumen-Verhältnisses hätte einen Einfluß besitzen dürfen; solches wurde aber nicht beobachtet.

Hämolysen durch Scherkräfte

Porenpassagen

Der Durchtritt durch Kanäle mit 3μ Durchmesser erfordert eine starke zylindrische Verformung der Erythrozyten. Da mit zunehmender Länge des Zylinders bei abnehmendem Durchmesser unter Konstanz des Volumens die benötigte Membranoberfläche wächst, sind der Deformierung gemäß der endlichen Membranreserve Grenzen gesetzt. Nach Johansson et al. (34) beträgt der kleinste zylindrische Durchmesser, den der durchschnittliche Erythrozyt ohne Änderung von Oberfläche oder Volumen annehmen kann, etwa 3μ und entspricht somit dem Durchmesser der Filterporen.

Infolgedessen muß überlegt werden, ob für eine größere Zellzahl die Hämolysen schon durch Membranüberdehnung erzwungen wird. Der Porendurchmesser der benutzten Filter ist unter diesem Gesichtspunkt grenzwertig. Es interessiert daher zunächst, ob der Porenkanal das Zellvolumen überhaupt vollständig aufnimmt. Wenn nicht, können die Erythrozyten ober- und unterhalb des Kanals die membransparende Kugelform annehmen und so problemlos passieren.

Das Volumen des Porenkanals beträgt bei 3μ Durchmesser und 11μ Länge $78\mu^3$. Nach den wissenschaftlichen Tabellen von Geigy (27) besitzen gesunde Erythrozyten ein mittleres Volumen von $86.1\mu^3$ bei einer Standardabweichung von 6.3. Das Porenkanalvolumen ist gleich dem mittleren Erythrozytenvolumen minus $1.26 \cdot s$:

$$78\mu^3 = 86.1\mu^3 - 1.26 \cdot 6.3\mu^3.$$

Daher haben etwa 10% der gesunden Zellen ein kleineres Volumen und werden im Porenkanal bis an die Grenze zur Membrandehnung verformt.

Diese vereinfachte Schätzung vernachlässigt eine etwaige positive Korrelation zwischen Erythrozytenvolumen und individuellem kleinsten zylindrischen Durchmesser. In diesem Fall würden die kleineren Individuen, die vollständig in

das Kanalvolumen eintauchen, auch einen kleineren zylindrischen Durchmesser tolerieren und aus diesem Grund ebenfalls keine Probleme aufwerfen. Zudem verneint Burton (13) Schwankungen des kleinsten zylindrischen Durchmessers innerhalb einer Erythrozytenpopulation; ein Überschreiten des kritischen Wertes von 3μ ist nach seinen Überlegungen nicht zu erwarten. Da weiterhin das hier benutzte PBS-Suspensionsmedium mit 305 bis 320 mOsm/kg gegenüber Plasma leicht hyperton ist und grenzwertige Belastung dank einer tangentialen Membrandehnbarkeit von ca. 4% (10, 11, 26) keineswegs gleich Hämolyse bedeutet, kann das Prinzip des kleinsten erreichbaren zylindrischen Durchmessers das Hämolyseverhalten während der Filterpassage nicht entscheidend beeinflussen.

Stattdessen zeigt sich eine exponentielle Abhängigkeit des nach Filtration intrazellulär verbliebenen Hämoglobins vom Filtrationsdruck. Die angepaßten e-Funktionen liegen für die Druckdifferenz 0 mm Hg bei knapp 100% und stimmen gut mit den Kontrollmeßwerten ohne Filterpassage überein; eine während der Aufbereitung der Erythrozytensuspensionen abgelaufene Vorhämolyse von ca. 5%-7% erscheint zudem plausibel. Demgemäß kommt eine druckdifferenzunabhängige Hämolyse aufgrund Überschreiten der Verformbarkeitsgrenze nicht in Betracht; die Zellen besitzen grundsätzlich die Fähigkeit zur Porenpassage. In diesem Zusammenhang sei auf die Ergebnisse von Chien et al. (15) hingewiesen, die einen quantitativ ähnlichen Verlauf der Hämoglobinfreisetzung bei vergleichbarem Vorgehen beobachtet hatten.

Hämoglobinfreisetzung durch Scherkräfte

Die mit dem Filtrationsdruck steigenden Wandscherkräfte im Porenkanal können bei den hier beschriebenen Filtrationsversuchen als ursächlich für die Hämoglobinfreisetzung angesehen werden. Die Berechnung der auftretenden Kräfte erfolgt nach Schmidt-Schönbein et al. (58) nach der Gleichung

$$T_w = \frac{dP \cdot r}{2 \cdot l};$$

T_w = Wandscherkraft,

dP = Druckgradient,

l = Länge des zylindrischen Kanals.

Der ursächlichen Bedeutung der Wandscherkräfte widersprechen allerdings Chien et al. (15). Sie beobachteten, daß die Hämoglobinfreisetzung mit steigendem Durchmesser der Filterporen abnimmt, obwohl die Wandscherkräfte gemäß obiger Formel zunehmen müssen. Eigene Messungen mit Filtern von 5μ Porendurchmesser (Ergebnisse hier nicht aufgeführt) zeigen ebenfalls eine geringere Hämoglobinfreisetzung als beim Porendurchmesser 3μ .

Entsprechend den vorangegangenen Ausführungen über die Porenpassage decken sich die Volumina der Erythrozyten und des Porenkanals von 3μ Durchmesser in etwa, so daß in der Mitte der Durchtrittsphase der Erythrozyt die Porenkanalform annimmt und inniger Kontakt zwischen Wand und Membran stattfindet. Bei größeren Porendurchmessern kann der Abstand aber auch größer werden; dann müssen die Scherkräfte an der Membran selbst entsprechend einem paraboloiden Strömungsprofil rapide absinken. Dieser Umstand kann die geringere Hämolyse mit größeren Poren erklären und läßt für einen Durchmesser von 3μ den Kausalzusammenhang zwischen Wandscherkraft und Hämoglobinfreisetzung zu.

Die aus den angepaßten e-Funktionen ermittelten Halbwertsdrucke entsprechen daher Scherkräften, deren Einwirken auf die Membran die untersuchte Erythrozytenpopulation zur Freigabe der Hälfte ihres Hämoglobins veranlaßt. Für Frischblut ergibt sich so eine halbmaximal schädigende Wandscherkraft von ca. 6690 (95%-Konfidenzintervall: 6081 bis 7436) Nm^{-2} . Die für Erythrozyten aus überalterter ACD-Konserve ermittelte doppelte e-Funktion liefert naturgemäß zwei Angaben: 412 (282 bis 760) Nm^{-2} und 2533 (1482 bis 9272) Nm^{-2} , wobei erstere für ca. 80%, die zweite für 20% der Population gilt. Dem liegt formal die Vorstellung zweier verschieden empfindlicher oder verschieden stark geschädigter Subpopulationen zugrunde. Erythrozyten aus den über 3 Monate aufbewahrten ACD-Konserven sind demnach deutlich empfindlicher gegen tangentielle Scherkräfte als frisch gespendete Zellen. Bei Abb.10 finden sich die angepaßten Funktionen und die zugehörigen Parameter.

Ablauf der Hämoglobinfreisetzung

Verliert mit der beschriebenen Filtrationsmethodik ein definierter Prozentsatz der eingesetzten Erythrozyten durch völlige Destruktion sein gesamtes Hämoglobin und der Rest bleibt intakt ("Alles-oder-Nichts"-Prinzip), oder geschieht dies (mehr oder weniger gleichmäßig) durch transiente Lecks, wie sie Seeman (60) bei der osmotischen Hämolyse beschreibt?

Zu diesem Zweck sollen die eigenen Daten denen von Chien et al. (15) gegenübergestellt werden. Die Autoren beschreiben ein vergleichbares Vorgehen mit Polycarbonatfiltern von 3μ Porengröße. Der druckabhängige Verlauf der Hämoglobinfreigabe ist sowohl von Kurvenform wie auch quantitativ mit den eigenen Ergebnissen vergleichbar. Der aus Fig.5 der zitierten Arbeit geschätzte Druckgradient, der zur halbmaximalen Hämoglobinfreisetzung führt, liegt um ca. 20% höher als die eigene Berechnung von 740 mm Hg. Dies entspricht einem Unterschied intrazellulär verbliebenen Hämoglobins von etwa 7% für den genannten Halbwertsdruck.

Für die Kalium-Freisetzung wurde von Chien et al. in Fig.6 der genannten Publikation eine im Vergleich zur Hämoglobinfreisetzung ähnliche Kurvenform mit steilerem Verlauf vorgewiesen, wovon sich ein halbmaximal schädigender Druckgradient von etwa 200 mm Hg ablesen läßt. Das Mittlere Korpuskuläre Hämoglobin (MCH) im Filtrat ist bei diesen Autoren ebenfalls vom Filtrationsdruck abhängig. Der Quotient

$$\begin{aligned} & \text{MCH}_f / \text{MCH}_0 \\ \text{MCH}_f &= \text{MCH im Filtrat} \\ \text{MCH}_0 &= \text{MCH in der Ausgangssuspension} \end{aligned}$$

stimmt bei den genannten Autoren gut überein mit der Differenz des Hämolysen-Index zu 1. Diese Differenz entspricht dem Prozentsatz intrazellulären Hämoglobins, der in der vorliegenden Arbeit benutzt wird. Das Mittlere Korpuskuläre Volumen (MCV) ändert sich nicht mit dem Druckgradienten. Im Transmissions-Elektronenmikroskop sehen Chien et al. (15) bei den mit 740 mm Hg filtrierten Zellen eine stark variierende Hämoglobindichte von fast normal bis fast leer. Leider fehlt eine Angabe darüber, ob der Anteil der Zwischenstufen klein oder groß war.

Die zitierten Daten sprechen deutlich gegen ein reines "Alles-oder-Nichts" mit völliger Destruktion eines definierten Prozentsatzes der Zellpopulation. Der Quotient $\text{MCH}_f / \text{MCH}_0$ hätte sonst über den ganzen Druckbereich konstant bleiben müssen, da Membranfragmente und Ghosts mit einem kleineren Volumen als $30 \mu^3$ im Coulter-Counter nicht erfaßt worden sind; siehe hierzu Methodikbeschreibung in der genannten Arbeit. Weiterhin ist aus der Konstanz des MCV und der variierenden zellulären Hämoglobindichte zu schließen, daß die Erythrozyten sich mehr oder weniger aile, aber in unterschiedlichem Ausmaß an der Hämoglobinfreisetzung beteiligen.

Die Präferenz der Kalium-Freigabe paßt zunächst eher zur Vorstellung von zeitlich befristeten Lecks (vgl. hierzu auch die Diskussion bei Chien et al.). Diese könnten mit steigendem Druckgradienten größer werden und/oder länger bestehen bleiben. Wenn aber bei knapp halbmaximal schädigender Druckdifferenz elektronenmikroskopisch fast völlig normal dichte neben fast leeren Exemplaren vorgefunden werden, müßte die Bereitschaft zur Porenbildung bzw. zum Wiederverschluß zwischen den Individuen schon sehr verschieden sein, da eine so große Inhomogenität der Filterporen laut Materialprospekt des Herstellers nicht vorhanden ist.

Zwischen dem Durchmesser des Hämoglobinmoleküls ($60 \text{ \AA}$; siehe 15) und dem Durchmesser des hydratisierten Kalium-Ions ($4 \text{ \AA}$; siehe 70) besteht ein Unterschied um den Faktor 15. Demgegenüber haben Chien et al. (15) nur eine maximal zweifach größere K^+ -Freisetzung ermittelt. Für den Ausstrom von Zellinhalt als Folge der Filtration könnte also weniger die Größe der Lecks, sondern vielmehr deren Öffnungszeit verantwortlich sein, so daß die unter-

schiedlichen Diffusionskonstanten in wässriger Lösung zum Tragen kommen. Diese Annahme erfordert schon bei niedrigen Druckdifferenzen Löcher in der Größenordnung von Hämoglobinmolekülen. In Übereinstimmung hiermit zeigt Abb.10 Hämolysebeginn schon bei kleinen Drucken.

Wenn die Öffnungszeit bestimmender Parameter für die Hämoglobinfreisetzung ist, muß sie vom Druckgradienten abhängen. Zudem müssen die Zeiten bei den einzelnen Lecks stark variieren. Bei diesen Betrachtungen fällt allerdings die Vorstellung schwer, daß bei gleichen "Reparaturmechanismen" die einen Individuen so schnell arbeiten, daß sie kaum Hämoglobin verlieren, andere aber bis zum Abschluß der "Reparatur" per diffusionem fast alles verloren haben. Ein strenger kausaler Zusammenhang zwischen Öffnungszeit und Hämoglobinfreisetzung kann somit ebenso wenig nachgewiesen werden, wie zwischen Größe der Membranlecks und Hb-Freisetzung.

Resealing

Die Fähigkeit der Membran zum Wiederverschluß der durch tangentielle Belastung entstandenen Membranlecks, das sog. "resealing", ist nach Johnson et al. (35) abhängig von der Anwesenheit divalenter Kationen; die effektiven Konzentrationen für Ca^{++} und Mg^{++} betragen 40 bzw. 200 $\mu\text{mol/l}$. Das in der vorliegenden Untersuchung verwendete Suspensionsmedium (PBS) enthielt solche Kationen allerdings nicht. Chien et al. (15) hingegen benutzten Ringerlösung mit Zusatz von 2.5 millimol/l Kalzium-Ionen und Glukose.

EDTA verhindert das "resealing" der Erythrozytenmembran (5), da es mit Ca^{++} Chelate bildet. Unter der Annahme einer nur vorübergehenden Durchlässigkeit der Membran für Makromoleküle müßte EDTA-Zugabe zur Suspension vor der Filtration einen deutlichen destabilisierenden Effekt im Vergleich zur Kontrolle ohne EDTA aufweisen, da einmal entstandene Lecks nicht mehr "repariert" werden und deswegen bis zum Zeitpunkt der Messung kein intrazelluläres Hämoglobin mehr nachgewiesen werden kann. Kontroll-Erythrozyten dagegen müßten diese Permeabilität nach Entlastung der Membran unter Anwesenheit freier divalenter Kationen wieder verlieren und hätten so für die Hämoglobinfreisetzung weniger Zeit zur Verfügung. Wenn also bei einem bestimmten Druckgradienten die Kontroll-Erythrozyten die Hälfte ihres Hämoglobins verlieren, dann müßte die theoretisch erwartete Destabilisierung bei den mit EDTA vorinkubierten Zellen zu fast völligem Hb-Verlust führen, d.h. in Abb.14 hätten sich die Meßpunkte dem Wert -50% nähern müssen; die möglichen Prozentdifferenzen sind wegen des Auswertungsverfahrens auf $\pm 50\%$ begrenzt, siehe Methodik unter "Ausschaltung der Vorhämolyse".

Bei der höchsten angewandten EDTA-Konzentration (5mM) betrug der destabilisierende Effekt auf Frischblut aber nur 10% (P-alpha gegen Kontrolle = 30%), mit der niedrigsten Konzentration (0.5mM) wurde sogar eine geringe "Stabilisierung" von 5% beobachtet (P-alpha gegen Kontrolle 53%). Diese niedrigste EDTA-Konzentration genügt zur Maskierung der von den Erythrozyten eingebrachten bivalenten Kationen bereits im Überschuß. Harrison et al. (32) geben eine intrazelluläre Magnesiumkonzentration von über 3 millimol/l und für Kalzium von $15.8 \mu\text{mol/l}$ an, bezogen auf die Volumeneinheit gepackter Erythrozyten. Das Kalzium sei fast ausschließlich in der Membran lokalisiert. Bei einem Hämatokrit von 0.5% verringert sich die Konzentration in der Suspension auf unerschwellige Werte für beide Ionen.

Zumindest bei den Zellen, die durch Diffusion fast ihr gesamtes Hämoglobin verloren haben, darf man wohl annehmen, daß sie auch ihre freien bivalenten Kationen an das Suspensionsmedium abgegeben haben, so daß diese ein "resealing" nicht mehr unterstützen können. Es bliebe also noch das membrangebundene Kalzium, das aber nach Harrison et al. (32) von 5 mM EDTA in isotonem Medium zu 90% entfernt wird.

Vergleichen wir nochmals die Werte für intrazelluläres Hämoglobin bei einem halbmaximal schädigendem Druckgradienten von etwa 800 mm Hg, so liegen die eigenen Daten in kalziumfreier Suspension ca. 7% niedriger als die von Chien et al. (15) in 2.5 millimol/l Ca^{++} erhobenen; EDTA-Zusatz könnte eine weitere Senkung um etwa 10% bewirken. Eine Senkung um 50% kommt aber insgesamt nicht zustande. Wenn jedoch "resealing oder nicht" keinen entscheidenden Einfluß besitzt, kann auch die Wiederverschlußzeit (ebenso wie die Porengröße) nicht als druckabhängiger Parameter für die Hämoglobinfreisetzung gelten.

Mit den genannten Daten am ehesten vereinbar ist die Vorstellung, daß ein Teil der Population Lecks bildet, die die gesamte Hämoglobinfreisetzung nur unwesentlich beeinflussen. Bei dem anderen Teil ist dagegen die Leckage so umfangreich und andauernd, daß "resealing oder nicht" keine Rolle spielt. Die von Chien et al. (15) beobachteten Zwischenstufen mögen dann einer Minderheit zuzurechnen sein, die kurzfristige Lecks bildet und damit die geringen Effekte bei Verhinderung des "resealing" erklärt. Die Mehrheit der filtrierten Erythrozytenpopulation hat dementsprechend fast alles oder fast kein Hämoglobin verloren.

Hämolyse durch Scherkräfte: Literaturvergleiche

Die Angaben über das Ausmaß der Hämoglobinfreisetzung durch Scherkräfte sind in der Literatur je nach Versuchsbedingungen (vor allem Viskosität des Suspensionsmediums, Dauer der Krafteinwirkung) verschieden. Bessis et al. (3) beschreiben eine steigende Verformung bei gleichen Scherkräften, wenn die Differenz der Viskositäten (außen minus innen) positiver wird. Bei ihren Versuchen sei bei Scherkräften ab 100 Nm^{-2} Hämolyse aufgetreten; leider fehlen Angaben über Viskosität des Suspensionsmediums und Dauer der Scherkrafteinwirkung an dieser Stelle. Sutura et al. (71) haben mit einem Medium einer Viskosität von 1 cP erst ab 150 Nm^{-2} Zelldeformierung beobachtet; demnach müßte die halbmaximal schädigende Scherkraft deutlich größer sein.

Als Maß für die Empfindlichkeit der Erythrozytenmembran wird in der Literatur zumeist eine "Kritische Scherkraft" angegeben, die man aus dem sigmoiden Verlauf der Hämolyse-Scherkraft-Beziehung ableitet. Ein linearer Anteil des Kurvenverlaufs wird dabei zum Schnittpunkt mit der Scherkraftachse extrapoliert; damit sei ein Schwellenwert definiert, bis zu dem nur die ältesten bzw. am wenigsten resistenten Zellen zerstört werden, der gesunde Durchschnitts-Erythrozyt hingegen werde erst durch Scherkräfte jenseits der Schwelle geschädigt (vgl. z.B. 77).

Demgegenüber wurde in der vorliegenden Arbeit die Angabe eines 50% des Hämoglobins freisetzenden Druckgradienten bevorzugt, da dieser Wert genauer bestimmbar ist. Der rechnerische Zusammenhang zwischen Wandscherkraft und Druckgradient wurde bereits beschrieben. Das eindeutige Erkennen eines linearen Anteils dürfte insbesondere bei den von Williams (77) in Fig.1 gezeigten sigmoiden Kurven teilweise schwierig sein. Im übrigen erscheint die Abgrenzung einer Subpopulation der "schwächsten und ältesten" Individuen gegenüber der Hauptpopulation etwas willkürlich.

Die kritischen Scherkräfte liegen bei Williams (77) für 1, 5 und 10 min Expositionsdauer bei 86, 59 bzw. 42 Nm^{-2} ; Viskosität des Suspensionsmediums (10% Dextran) war 22 cP. Rooney (55) erzeugt periodische Scherkräfte in einem Suspensionsmedium von 31 cP mit Hilfe einer durch Ultraschall von 20 kHz vibrierenden Gasblase. Die Dauer eines Halbzyklus beträgt bei 20 kHz $25 \mu\text{sec}$; es wurde für 5 min beschallt. Als kritischen Scherkraftwert gibt Rooney 450 Nm^{-2} an.

Nevaril et al. (50) benutzten ein konzentrisches Viskometer zur Scherkraft-erzeugung und ermittelten eine Hämolyse-schwelle von 300 Nm^{-2} . Williams et al. (78) lassen einen Draht transversal mit einer Frequenz von 20 kHz in einer Suspension mit 13% Dextran (31cP) oszillieren; Mitteilungen über die Beschallungsdauer fanden sich nicht. Die kritische Scherkraft wird mit 560

Nm^{-2} angegeben. Keshavia (37) und Bacher et al. (1) nennen einen kritischen Scherkraftwert von 500 Nm^{-2} nach einer einmaligen Exposition von ca. 10 msec Dauer (Viskosität des Suspensionsmediums nicht angegeben). Leverett et al. (44) erhielten im Couette-Zylinder einen kritischen Wert von 150 Nm^{-2} bei einer Expositionszeit von 120 sec.

Schätzung der Expositionszeit

Die Dauer der Scherkraft-Exposition eines einzelnen Erythrozyten während der Filterpassage wird näherungsweise mit der Zeit angegeben, die das Volumen einer Flüssigkeitssäule von 3μ Durchmesser und 11μ Länge (Dimensionen des Filterporen-Kanals) für den Durchtritt durch den Porenquerschnitt benötigt. Legt man eine Filterfläche von ca. 64 mm^2 zugrunde, die die fertig montierte Anordnung freiläßt, sowie eine Dichte von $2 \cdot 10^6$ Poren/ mm^2 , so errechnet sich mit Hilfe des Porenvolumens ein gesamtes freies Porenkanalvolumen von ca. $10 \mu\text{l}$. Bei einer Druckdifferenz von 150 mm Hg belief sich die mit freiem Auge beobachtete Durchlaufzeit von 1 ml Erythrozytensuspension auf 0.5 bis 1 sec; somit ergibt sich bei diesem Druck eine geschätzte Passageszeit von 5 bis $10 \mu\text{sec}$.

Unter Vernachlässigung der Verzögerung, die durch Formänderung des höherviskösen Zellplasmas auftritt, muß die Einwirkdauer tangentialer Scherkräfte auf die Erythrozytenmembran bei 150 mm Hg in der genannten Größenordnung liegen. Das Ausmaß dieser Verzögerung ist deswegen schlecht abzuschätzen, da die genannte Durchlaufzeit in 260 milliosmolarem Medium beobachtet wurde. Der Unterschied der Viskositäten von Zellplasma und Medium wird zwar kleiner, die Verformbarkeit der angeschwollenen Zelle aber schlechter, so daß diese beiden Wirkungen gegeneinander arbeiten.

Jedenfalls läßt der Vergleich mit den Angaben von Chien et al. (15) die eigenen Beobachtungen plausibel erscheinen. Aus der graphischen Darstellung von Durchflußrate gegen Druckdifferenz (Fig. 2 der zitierten Arbeit) läßt sich die Porenverweildauer eines Suspensionselementes abschätzen: Die Flußraten wurden in ml/sec durch 10^6 Poren angegeben; die wiederum besitzen bei 3μ Durchmesser und 11μ Länge eine Volumensumme von $9.2 \cdot 10^{-5} \text{ ml}$. Für 150 mm Hg Druckdifferenz und 3μ Porendurchmesser wird 1.2 ml/sec abgelesen, woraus sich eine Verweildauer von ca. $75 \mu\text{sec}$ errechnen läßt. Daß die so berechnete Expositionszeit um ca. eine Zehnerpotenz höherliegt als die eigene Schätzung, paßt gut zur Tatsache, daß Chien et al. (15) einen dreifach größeren Hämatokrit gewählt haben: 1.5% gegenüber 0.5% bei der vorliegenden Untersuchung.

Nimmt man nun die erwähnte graphische Darstellung, um die Flußraten bei 150 und 700 mm Hg zu vergleichen, läßt sich eine ca. 3.8-fach kürzere Verweildauer beim höheren Druckgradienten ermitteln: 150 mm Hg entsprechen $75 \mu\text{sec}$ 700 mm Hg dagegen $20 \mu\text{sec}$. Überträgt man den Faktor 3.8 auf die eigene Zeitschätzung, so gelangt man mit den halbmaximal schädigenden Druckwerten von ca. 700 mm Hg für gesunde Erythrozyten (s.o.) auf eine Verweildauer von 1.3 bis $2.6 \mu\text{sec}$. Dieses Extrapolieren auf höhere Druckgradienten dürfte zulässig sein, da ein weiteres "shear thinning" des Zellplasmas gemäß der Auftragung von relativem Widerstand gegen Druckdifferenz in Fig.3 der o.a. Arbeit zwischen 150 und 700 mm Hg bei 3μ -Porendurchmesser nicht mehr stattfindet.

Eine solche Expositionsdauer im Mikrosekundenbereich ist deutlich kürzer als die Einwirkzeiten, mit denen die in der Literatur gefundenen kritischen Scherkräfte bestimmt wurden. Zudem findet bei der beschriebenen Filtermethode nur eine einmalige Exposition des Erythrozyten statt. Es erscheint plausibel, wenn in der vorliegenden Arbeit unter so kurzer einmaliger Exposition von ca. $2 \mu\text{sec}$ Scherkräfte von etwa 7000 Nm^{-2} nötig sind, um die Hälfte des Hämoglobins aus gesunden Erythrozyten freizusetzen, andererseits die Hämolyse nur der "ältesten und schwächsten" Individuen bei vergleichsweise langen Expositionszeiten z.B. im Zehnminutenbereich nach Williams (77) nur Scherkräfte von unter 50 Nm^{-2} erfordert.

Einfluß der Zeit auf den hämolytischen Scherkräfteeffekt

Die Bedeutung der Einwirkdauer tangentialer Scherkräfte auf das Hämolyseverhalten geht aus verschiedenen Arbeiten hervor. Aus den graphischen Darstellungen von Williams (77) lassen sich halbmaximal hämolysierende Scherkräfte ablesen. Für 1, 5 und 10 min Expositionsdauer ergeben sich so 200, 150 bzw. 90 Nm^{-2} . Diese Werte gelten für ein Suspensionsmedium mit einer Viskosität von 22 cP (10% Dextran). Sie müssen für 1 cP entsprechend höher liegen, da bei niedrigerer extrazellulärer Viskosität die Zellverformung durch Scherkräfte geringer ist (3). Die vorliegende Arbeit erweitert die Beschreibung der Zeitabhängigkeit in den Mikrosekundenbereich mit der Angabe von 7000 Nm^{-2} halbmaximal schädigender Scherkraft, gültig für 1 cP.

Williams (77) gibt weiterhin eine "kritische Expositionszeit" an, bis zu der nur die "ältesten und schwächsten" Erythrozyten geschädigt werden (vgl. kritische Scherkraft); gesunde Zellen überstehen diese Behandlung. Die kritische Zeit sei wiederum scherkraftabhängig, z.B. 5 sec. für 120 Nm^{-2} , 40 sec für 90 Nm^{-2} . Für hohe Scherkräfte wie z.B. 7000 Nm^{-2} müßte diese kritische Zeit unterhalb des Mikrosekundenbereichs liegen.

Die sonst in der Literatur vorgefundenen Zeitangaben sind aus bereits erwähnten Gründen für die Betrachtung des zeitabhängigen Effekts von Scherkräften zu ungenau, umso mehr wenn z.B. zwar Zeiten angegeben werden, diese aber für "wiederholte" Exposition gelten. Es wäre sicherlich lohnend, durch gezielte Änderung der Expositionszeit den doch großen Sprung von von 1 min zu 1 μ sec zu überbrücken.

Die Hämoglobinfreisetzung als Funktion des Druckgradienten

Eine Abweichung der Meßpunkte (Druck, Prozent intrazelluläres Hämoglobin) vom Verlauf einer einfachen e-Funktion wurde besonders dann beobachtet, wenn die Erythrozyten durch Alterung, hypotones Suspensionsmedium oder destabilisierende Wirkstoffkonzentrationen empfindlicher gegen Scherkräfte geworden waren; vgl. hierzu Ergebnisse der Scherkraftmethode: "Tabelle der Signifikanzereignisse".

Mit der Kurvenanpassung einer Summe aus zwei e-Funktionen an die Meßpunkte wird die Vorstellung verbunden, daß die Gesamtpopulation der filtrierten Zellindividuen in zwei Subpopulationen zu unterteilen ist, die unterschiedliche Empfindlichkeit gegen Scherkräfte aufweisen oder unterschiedlich stark geschädigt werden. Der Halbwertsdruck gibt die Empfindlichkeit, der Faktor vor dem Exponentialausdruck (A_0 bzw. B_0) den Anteil der Subpopulation an der Gesamtheit an. Bei Untersuchung gesunder, frisch gespendeter Erythrozyten mag die Fraktion der "ältesten und empfindlichsten" Individuen so klein sein, daß sie von der angewandten Methodik nicht erfaßt wird. Bei überalterten oder sonstwie empfindlicher gemachten Zellen kann diese Fraktion wachsen, so daß zwei Kompartimente signifikant werden.

Selbstverständlich ist die Einteilung in eine empfindliche und eine weniger empfindliche Fraktion willkürlich, in Wirklichkeit sind fließende Übergänge zu erwarten. Dies müßte sich methodisch dahingehend äußern, daß sich bei Erhöhung der Anzahl der Meßpunkte die Anzahl der "signifikanten Kompartimente" mit erhöht, wenn man die entsprechenden Mehr-Kompartiment-Funktionen anpaßt.

Die Ablehnung des Zwei-Kompartiment-Modells geschieht dann zu Unrecht, wenn im Meßbereich bis 500 mm Hg nur der "steile" Kurventeil erfaßt wird, die Halbwertsdrucke also aufgrund geringerer Empfindlichkeit größer als 500 mm Hg sind. Bei höheren Druckdifferenzen könnte also durchaus noch ein flacherer Kurvenverlauf sichtbar werden und auf die Existenz eines zweiten Kompartiments hinweisen. Damit ist insbesondere dann zu rechnen, wenn sich die beiden Erythrozyten-Subpopulationen nicht a priori unterscheiden. Über das Vorkommen von etwa 10% "Doppelporen" (durch Überlappen einzelner Poren) bei den benutz-

ten Filtern wurde bei der Beschreibung der Materialien bereits berichtet. Eine solche zweite "Porenpopulation" kann eine unterschiedliche Schädigung der untersuchten Erythrozyten bewirken und dadurch die beobachtete Signifikanz von Zwei-Kompartiment-Modellen verursachen.

Die oben beschriebene Zeitabhängigkeit kann eine weitere Erklärung dafür sein, daß die Anpassung einer einfachen e-Funktion an einige Messungen nur unbefriedigend gelingt. Zum einen bewirkt eine Erhöhung der Druckdifferenz am Filter eine stärkere Membranschädigung wegen Steigerung der auftretenden Scherkräfte. Andererseits resultiert daraus auch eine verkürzte Einwirkdauer des schädigenden Agens, was der Hämoglobinfreisetzung wieder entgegenwirkt. Die einfache e-Funktion wird daher von einer noch nicht genau definierten zweiten Beziehung überlagert, die den Effekt der Expositionszeit beschreibt und die für die Abflachung des Kurvenverlaufs bei höheren Druckgradienten verantwortlich ist.

In dieser zweiten Gleichung müßte ein steigender Druckgradient als Erhöhung des halbmaximal schädigenden Druckwertes wirksam sein. Der Koeffizient im Exponenten der e-Funktion würde sich so mit steigendem x (d.h. Druck) verkleinern. Wird eine solche Abhängigkeit des Halbwertsdrucks von der angewandten Druckdifferenz vereinfachend als linear angenommen, so gilt:

$$\text{HWD} = m \cdot x + c;$$

- HWD = halbmaximal schädigender Druckgradient,
- m = Steigung als Maß für die Zeitabhängigkeit,
- x = Druckgradient als unabhängige Variable,
- c = theoretischer Halbwertsdruck, der für unendliche Expositionszeit gilt.

Der Parameter m wird größer bei stärkerem Einfluß der Expositionszeit auf den halbmaximal schädigenden Druck; er geht gegen 0 bei fehlender Zeitabhängigkeit, also bei fehlender plastischer Membraneigenschaft. Die Druckvariable x ist der Expositionszeit umgekehrt proportional. Der Konstanten c nähert sich der Halbwertsdruck, wenn der angewandte Druckgradient gegen 0 und somit die Expositionsdauer gegen Unendlich geht.

Für den Koeffizienten a der im methodischen Teil bereits definierten einfachen e-Funktion gilt:

$$a = \frac{\ln(2)}{\text{HWD}} = \frac{\ln(2)}{m \cdot x + c}.$$

Nach Einsetzen in die e-Funktion ergibt sich:

$$Y = A_0 * e^{\frac{-x \cdot \ln(2)}{m \cdot x + c}}$$

Nachdem die Konstante c ein von der aktuellen Expositionsdauer unabhängiger Wert ist, könnte man mit ihrer Hilfe auf die Empfindlichkeit der Membran bei unendlich langer Exposition extrapolieren. Andererseits hängt m von der Ausprägung plastischer Membraneigenschaften ab. Fehlte nämlich die plastische Eigenschaft, so würde die Steigung m gleich null sein. Es bestünde dann keine Abhängigkeit des Halbwertsdruckes von der Expositionszeit und obige Gleichung würde in die normale e-Funktion übergehen.

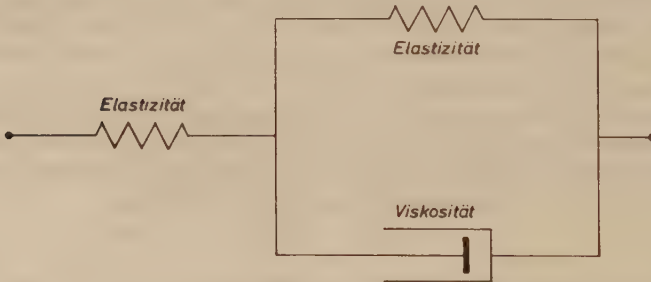
Bei diesen Betrachtungen darf nicht vergessen werden, daß die Annahme der Linearität willkürlich getroffen wurde. Lediglich in einem mehr oder weniger engen Druckbereich mag die Gerade eine gute Näherung darstellen. Dies gilt augenscheinlich für die von Williams (77) dargestellte Abhängigkeit des hämolytischen Effekts von der Dauer der Scherkrafteinwirkung im Bereich von 1 bis 10 Minuten. Läßt man allerdings bei der Grenzwertbetrachtung die Druckdifferenz unendlich groß werden, so geht der Koeffizient des Exponenten gegen $-\ln(2)/m$; die Funktion nähert sich dann also einer Abszissenparallelen, die umso abszissennäher liegt, je kleiner m ist. Je stärker hingegen der Einfluß plastischer Membraneigenschaften ausgeprägt ist, desto kleiner ist das Maximum an Hämoglobinfreisetzung, das auch durch noch so große Drucke nicht überschritten werden kann. Daß die Anpassung an einfache e-Funktionen bei gesundem Frischblut gelingt, mag z.B. an den höheren Halbwertsdrucken liegen: es wurden einfach nicht genügend große Drucke angewandt, um die Annäherung an eine Abszissenparallele erkennen zu können.

Viskoelastisches Membranmodell

Die Zunahme der Empfindlichkeit der Membran gegen tangentielle Scherkräfte bei längerer Expositionszeit läßt an eine plastische Umordnung der Membranbestandteile während genügend langer Dehnung denken. Zur Erläuterung wird zunächst das von Williams (77) beschriebene Modell auf eine Feder (elastische Komponente) und eine Ölpumpe (plastisches Verhalten), die in Serie geschaltet sind, vereinfacht. Eine schnelle (rechteckförmig zunehmende) Dehnung wirkt zunächst nur auf die Feder. Die Ölpumpe wird während des anhaltenden Dehnungszustandes reagieren, auch nachdem die Längenänderung des gesamten Systems bereits vollzogen ist. Mit anderen Worten wird bei hochfrequenter Längenänderung vor allem die Feder mitgehen und die Ölpumpe relativ unverändert bleiben, bei niederfrequenten Änderungen geht vor allem die Pumpe mit und die Feder ändert ihre Länge vergleichsweise wenig.

Ein erweitertes Modell braucht man zur Erklärung der Ergebnisse von Chien et al. (16), die einen biphasischen Verlauf beim Ansaugen eines Erythrozyten in Mikropipetten von 0.3μ bis 0.8μ Innendurchmesser beschreiben. Es werden zwei Zeitkonstanten angegeben: eine schnelle von 20 bis 120 msec ist indirekt proportional zur Verformungsgröße (Einzugslänge/Radius), eine langsamere von 5 sec ist davon unabhängig. Bei der Entspannung registrieren Chien et al. (16) dagegen einen monophasischen Verlauf mit einer Zeitkonstante von 150 msec nach 20 sec lang anhaltendem Ansaugdruck.

In unserem Modell würde demnach bei rechteckförmigem Einschalten des Ansaugdruckes die Feder gedehnt und schneller Längenzuwachs beobachtet (kurze Zeitkonstante). Während des 20 sec langen Bestehens der verformenden Kraft erlaubt die Bewegung der Ölpumpe eine allmähliche weitere Längenzunahme, was einer Umordnung der Membranbestandteile entspricht. Die langsame Längenzunahme nähert die Membran exponentiell einer Maximallänge. Dieser Umstand erfordert die Annahme einer weiteren, parallel zur Ölpumpe geschalteten Feder, die die weitere Ausdehnung mit einer Gegenkraft begrenzt.



Mechanisches Modell für das viskoelastische Verhalten eines Stoffes (nach Gerthsen et al., 28)

Den monophasischen Entspannungsverlauf kann das Modell ebenfalls erklären: Bei Annäherung an den Ausgangszustand dient die parallel geschaltete Feder als rückstellende Kraft. Wegen des verlangsamten Ablaufs (plastischer Vorgang) wird die in Serie geschaltete Feder kaum tangiert; sie beeinflusst nicht merklich das Rückstellverhalten. Das parallel geschaltete Teilmodell verursacht also fast allein die exponentielle Wiederannäherung an den Ausgangszustand.

Bei nur kurzdauernder Aspiration (bis zu 2 sec) haben Chien et al. (16) beobachtet, daß die Kurvenverläufe von Dehnung und Entspannung zusammenfallen. Dies entspricht der Modellvorstellung, daß bei hochfrequenter Änderung auf Hin- und Rückweg vor allem die Feder beteiligt ist; für plastische Veränderungen bleibt zuwenig Zeit. Die Autoren diskutieren als Erklärung für den anfänglich steilen Dehnungsverlauf einen kurzfristigen "shear thinning"-Effekt, der nach länger andauernder Deformation bei der monophasischen Entspannung nicht mehr zur Verfügung steht. Nach Fig.17 der genannten Arbeit verlaufen Dehnung und Entspannung gleich, wenn der Ansaugdruck nicht länger als 2 sec bestehen bleibt. Hält die Deformation länger an, ist der Verlauf des "recovery" verzögert. Wenn das "shear thinning" für den biphasischen Deformationsverlauf verantwortlich sein soll, muß es für mindestens 2 sec bestehen bleiben, um während der dann unmittelbar folgenden "recovery"-Phase noch wirksam sein zu können.

Dem widerspricht aber die Feststellung der zitierten Autoren selbst, daß die schnelle Deformationsphase "considerably shorter than 1 sec" ist. Der "shear thinning"-Effekt müßte dementsprechend nach deutlich weniger als 2 sec unwirksam sein. Er kann, wie bereits festgestellt, während des "recovery" nicht selbständig einsetzen (monophasischer Verlauf!). Das oben angeführte mechanische Modell der viskoelastischen Membran erscheint zur Erklärung des biphasischen Verhaltens daher besser geeignet. Weiterhin genügt es der Abhängigkeit der hämolytischen Wirkung tangentialer Scherkräfte von der Expositionszeit: die Anzahl Hämoglobin-durchlässiger Poren nimmt mit der Expositionszeit zu, da eine plastische Umordnung der Membranbestandteile für deren Entstehung erforderlich ist.

Differenzierung visköser und elastischer Eigenschaften

Die in der vorliegenden Arbeit gewonnenen Daten legen die Vermutung nahe, daß die untersuchten Pharmaka auf visköse und elastische Eigenschaften der Erythrozytenmembran nicht gleich wirken. Unterschiede können sich dann zeigen, wenn tangentielle mechanische Belastungen der Membran für stark differierende Zeiten gesetzt werden.

Die Expositionszeit bei der Scherkraftmethode liegt im Mikrosekunden-Bereich. Bei der osmotischen Hämolysen dagegen ist die Dauer der tangentialen Membrandehnung um etwa den Faktor 10^7 größer. Yee et al. (79) zeigten eine exponentielle Abnahme intrazellulären Hämoglobins in Abhängigkeit von der Expositionsdauer in 125 milliosmolarem Medium. Dies entspricht einer Reaktion erster Ordnung. Die Fraktion der letztendlich hämolysierenden Zellen wird dabei gleich 100% gesetzt. Die Halbwertszeit der Hämoglobinfreigabe betrug in der genannten Untersuchung 14 sec. Nachdem die gezeigten Daten in halb-

logarithmischer Auftragung gute Anpassung einer Geraden zuließen, welche extrapoliert auf die Zeit $t=0$ den Ausgangswert von 100% intrazellulärem Hämoglobin ergibt (vgl. Fig.5 der zitierten Arbeit), hämolysieren die ersten Zellen praktisch unmittelbar nach der Exposition mit hypotonem Medium. Daraus ist zu schließen, daß der Übergang vom Diskozyten zum Sphärozyten relativ schnell vor sich geht, die tangential Dehnung aber Zeiten benötigt, die in der Größenordnung von 14 sec liegen.

Für eine plastische Umformung der Erythrozytenmembran bleibt daher bei der osmotischen Hämolysen 10^7 -mal mehr Zeit als bei der Scherkraftmethode. Somit werden mit ersterer Methode vorwiegend Änderungen der plastischen Membraneigenschaften erkannt werden können, während das andere Verfahren hauptsächlich gegen Einflüsse auf das elastische Membranverhalten empfindlich ist. Die Desorptionsmethode wird aus den gleichen Zeitgründen ebenfalls auf visköse Eigenschaften ansprechen, wenn die tangentialen Kräfte hierfür überhaupt ausreichen.

Die Expositionszeit bei der Ultraschallmethode ist vorwiegend durch die Implosionsdauer der erzeugten Kavitationen gegeben und daher eher im Mikrosekundenbereich oder darunter zu suchen. Aus bereits besprochenen Gründen wurde kein Einfluß der untersuchten Pharmaka auf die Ultraschall-Fragilität gefunden. Die vorgestellte Ultraschall-Methodik eignet sich daher nicht zur Differenzierung visköser und elastischer Membraneigenschaften. Dennoch könnte Ultraschall hierzu grundsätzlich gut geeignet sein, da sich die Frequenz genügend frei wählen läßt. Für die Abhängigkeit der Expositionszeit von der Ultraschallfrequenz ist aber eine kavitationsfreie Beschallung zu fordern, bei der z.B. in der Nähe vibrierender Gasbläschen Scherkräfte durch Mikroströmungen auftreten. Einen hierzu geeigneten Versuchsaufbau beschreiben z.B. Williams et al. (78) und Rooney (55). Der Einfluß wiederholter Scherkräftexposition auf die Frage, ob visköse oder elastische Eigenschaften gemessen werden, muß noch geklärt werden.

Eine weitere Möglichkeit, die Expositionszeit zu beeinflussen, besteht in der Variation der Viskosität des extrazellulären Mediums. Die tangential Membranbelastung wird dadurch erhöht (vgl. oben); gleichzeitig verlängert sich wegen des verzögerten Durchflusses die Aufenthaltsdauer eines Erythrozyten im Filterporenkanal.

Bei der Filtrationsmethode war ab 0.1 millimolarer Chlorpromazinkonzentration eine deutliche Fragilitätssteigerung im isotonen Medium zu beobachten, in hypotoner Suspension bereits ab $5 \cdot 10^{-5}$ M. Schwache stabilisierende Effekte von bis zu 4% in hypotoner, 5 bis 20 mikromolarer Chlorpromazininlösung befanden sich an der Grenze des 5%-Signifikanzniveaus. Bei der osmotischen Hämolysen werden aber wesentlich höhere stabilisierende Effekte dieses Wirkstoffs gefunden.

Hieraus läßt sich schließen, daß der protektive Chlorpromazineffekt vor allem plastische Membraneigenschaften betrifft. Festzuhalten bleibt allerdings, daß destabilisierende Wirkstoffkonzentrationen auch bei der Scherkraftmethode deutliche Effekte zeigten. Eine Zuordnung des destabilisierenden Effekts zu elastischen oder viskösen Membraneigenschaften ist somit nicht möglich.

Chlorpromazin-Methojodid, SDS und Thiazinamium hatten keinerlei Einfluß auf die Fragilität; letztere zwei wirkten bei der Scherkraftmethode nur aufgrund chemischer Hämolyse ab 50 μM bzw. 5 bis 10 μM . Na-Thiopental zeigte geringe stabilisierende Effekte bis 7%.

Mechanismen des protektiven Effekts

a) aktive Membranexpansion

Seeman und Mitautoren bieten als Erklärung für die protektive Wirkung von Anästhetika gegen osmotische Hämolyse einen aktiv membranexpandierenden Effekt dieser Pharmaka (61-66). Die Volumenexpansion der Membran betrage etwa das zehnfache des Van der Waal-Volumens der in die Membranphase eindiffundierenden Moleküle. Dies wurde berechnet aus der zweiprozentigen Oberflächenzunahme unter der Annahme einer gleichen Schwellung in alle drei Dimensionen. Als molekularer bzw. physikalischer Hintergrund einer solchen Expansion stehen u.a. Konformationsänderungen der Membranproteine und Fettsäureketten bzw. Änderungen der Oberflächenspannung (Membran-Wasser) zur Diskussion.

Für lipidlösliche, also membrangängige Inhalationsanästhetika wie Äther, Halothan und Methoxyfluran ist der antihämolytische Effekt näher beschrieben bei Seeman et al. (66) sowie mit Hilfe einer Mikropipetten-Aspirationstechnik direkt gemessen bei Brailsford (8). Letzterer beschrieb eine Vergrößerung der aspirierten Zellfraktion z.B. nach Halothangabe innerhalb von 5 sec. Vollständig reversibel war dieser Vorgang aber selbst nach 20 min nicht. Osmotisch verursachte Änderungen des Zellvolumens wurden durch vergleichende Hämatokrit-Bestimmungen ausgeschlossen.

Trudell (73, 74) stellt vor allem den behaupteten Volumenzuwachs als zu groß in Frage, den Seeman aus dem Oberflächenzuwachs, erhoben zur Potenz $3/2$, errechnet. Anstelle einer nicht beweisbaren Expansion in alle drei Dimensionen sei vielmehr der Flächenzuwachs begleitet von einer Abnahme der Dicke der Membran infolge einer Konformationsänderung von Fettsäureketten. Die in der Einleitung bereits zitierten Resultate von Mori et al. (48) mit Phospholipid-vesikeln in wässriger Suspension erklären nur eine Expansion um etwa das 1,1-fache des Volumens der in die Membranphase eindiffundierenden Moleküle.

Der von Seeman postulierte Faktor 10 sollte angezweifelt werden, da dieses Mehr an Volumenexpansion mit Konformationsänderungen auf molekularer Ebene bzw. Wassereinlagerung in die Membran begründet werden müßte. In der Übersichtsarbeit von Seeman wurde nicht erklärt, woher die Energie (Überwindung der Van der Waalschen Kräfte!) für diesen Vorgang stammen soll. Als weiteres Gegenargument sei nochmals an die Aussage von Conrad et al. (19, 20), Bondy et al. (6) und Leterrier et al. (43) erinnert, wonach die tatsächliche Löslichkeit amphiphiler Moleküle in den meisten Biomembranen um ca. 3 Zehnerpotenzen kleiner sei als in Phospholipidvesikeln. Wenn Chlorpromazin und andere amphiphile Pharmaka deutlich weniger in die unbelastete Membran eindringen können, als von Seeman und Mitautoren angenommen, muß der oben beschriebenen Vorstellung von Trudell der Vorzug gegeben werden.

b) Oberflächeneffekte

Conrad et al. (19, 20) nehmen an, daß die an der Membran-Wasser-Grenzfläche bestehende Oberflächenspannung die Erythrozytenmembran in einen "komprimierten Zustand" versetzt. Na-dodecyl-sulfat und die Phenothiazine Chlorpromazin, Chlorpromazin-Methojodid und Thiazinamium sind grenzflächenaktiv. Eine durch diese Pharmaka verursachte Verringerung der Oberflächenspannung könnte für den Oberflächenzuwachs verantwortlich sein.

c) Vergrößerung der Expansibilität

Es fehlen direkte Beweise für die Annahme, daß die Oberflächenexpansion unmittelbar nach Wirkstoffzusatz, d.h. ohne tangential mechanische Belastung eintritt. Insbesondere erscheinen die häufig benutzten elektronischen Zellvolumen-Messungen (Coulter Counter), mit deren Hilfe Membranoberflächen errechnet werden, wegen des Einflusses pharmakoninduzierter Oberflächenänderungen (7, 21, 47, 67) problematisch (68, 79). Rheologische Messungen erbringen ebenfalls keinen Anhalt für aktive Membranexpansion (9, 14, 54).

Es muß daher die Möglichkeit diskutiert werden, daß die in der vorliegenden Arbeit untersuchten Pharmaka vor allem die passive Dehnbarkeit der Membran beeinflussen, bzw. die Entstehung hämoglobindurchlässiger Membranlecks verzögern, ohne nennenswert in die mechanisch unbelastete Membran einzudringen. Danach würden die Wirkstoffmoleküle zunächst an der extrazellulären Oberfläche adsorbiert, wobei der polare Teil die wässrige Phase nicht verläßt. Erst nach tangentialer Dehnung geht der hydrophobe Molekülteil in die Lipidphase der Membran und verbessert so den tangentialen Zusammenhalt bzw. verstopft sonst evtl. entstehende Poren. Einen ähnlichen Mechanismus beschreiben Zografi et al. (80) für künstliche Membranen.

Die Diffusion der Wirkstoffmoleküle in die Membranlipidphase erfordert eine gewisse Zeit, die bei der osmotischen Hämolyse sicherlich ausreichend vorhanden ist. Geht man nun davon aus, daß die Wirkstoffmoleküle sich zunächst nur an der Membran/Wasser-Grenzfläche verteilen, so hat Chlorpromazin Zeit in der Größenordnung von Sekunden, seine protektive Wirkung zu entfalten. Nachdem aber bei der Scherkraftmethode nur etwa 2 μ sec Zeit zur Positionsänderung von CPZ und dessen Bindungsstellen bleiben, erscheint der relativ geringe stabilisierende Effekt verständlich, der in diesen Versuchen erzielt wurde. Erwartungsgemäß hat dann auch das quarternäre Analogon CPZ-MJ keinen nachweisbaren Effekt, da es aufgrund seiner deutlich geringeren Lipophilie wesentlich langsamer in die Membranphase diffundieren kann. Gleiches gilt für das quarternäre Thiazinamium, mit dem ebenfalls kein protektiver Effekt beobachtet wurde. Die lipophileren Verbindungen Na-dodecylsulfat und Natrium-Thiopental hatten wiederum geringe stabilisierende Wirkungen in der Größenordnung des Chlorpromazins.

Die Vorstellung von der Adsorption der Wirkstoffmoleküle an der Membran/Wasser-Grenzfläche steht im Einklang mit den beschriebenen Zeiteffekten. Die zu beobachtenden protektiven Effekte werden kleiner bei kürzerer tangentialer Belastung und bei kleineren Diffusionskonstanten von weniger lipophilen Agentien. Ein primär membranexpandierendes Pharmakon müßte seine Wirkung aber bei kurzer Belastung genauso entfalten, da es sich bereits an seinem Wirkort befände.

Aktive oder passive Expansion?

Stabilisiert das Pharmakon durch primäre Eindiffusion in die Membranphase oder steht es bereit, adsorbiert an die Membranoberfläche und teilweise in der wässrigen Phase befindlich, wenn tangentiale Kräfte die Membran belasten?

Die bisher genannten Daten lassen vermuten, daß der Eintritt von Wirkstoffmolekülen erst erfolgt, wenn die Membran gedehnt ist. Dabei kann sie bis zu 8% Oberfläche (4% tangential) zunehmen, bevor sie rupturiert (10, 11, 26). Es ist leicht vorstellbar, daß eine solche mechanische Zustandsänderung von einer Strukturänderung der Membranbestandteile begleitet ist. Dieser Vorgang ist von den viskösen Eigenschaften der Erythrozytenmembran abhängig; er erfordert eine gewisse Zeit. Die Umstrukturierung kann Bindungsstellen für das Pharmakon bereitstellen. Dieses wird durch sein Eintauchen in die Membran die Rupturierung verzögern und somit weitere Dehnung ohne Hämolyse ermöglichen.

Zur Entscheidung zwischen primärer und sekundärer Membranexpansion wurden die Versuche nach der Desorptionsmethode durchgeführt. Wie erwartet, war diese Methode sehr empfindlich gegen geringe Schwankungen des Oberflächen-Volumen-Verhältnisses. Dies beweist der steile Anstieg des Anteils der auf der Filteroberfläche retinierten Erythrozyten bei abnehmender Osmolarität des Suspensionsmediums. Im NaCl-Konzentrationsbereich von 0.6 bis 0.46 g% steigt dieser Prozentsatz von etwa 10% bis auf 90%. Daß bis zu 90% der Zellen retiniert werden konnten, beweist weiterhin, daß die dank Verwendung eines Zwischenfilters reduzierte Sogwirkung keine relevante tangential Belastung der Membran verursacht. Die fehlenden 10% beim Maximum der Retention können auch durch Überlagerung mit gerade einsetzender osmotischer Hämolyse erklärt werden.

Wenn ein Pharmakon primär, also ohne gleichzeitige tangential Belastung, die Erythrozytenmembran expandiert, so muß eine deutliche Verschiebung dieses ansteigenden Schenkels nach hypoton erfolgen. Abb.23 und 24 zeigen für eine mit 25 μ molarer CPZ-Lösung inkubierte Population das genaue Gegenteil, nämlich eine Passagebehinderung um bis zu 33%. Diese kann wohl nur auf die bekannten Formveränderungen (vgl. oben) durch dieses bei pH 7.4 zu 50% in kationischer Form (63, Fig.5) vorliegende Agens zurückgeführt werden. Zum Beleg dient die reduzierte Passagefähigkeit von Erythrozyten in einer Lösung von 2 mg/ml Albumin (Abb.28). In dieser Konzentration bilden sich Stomatozyten (Remien, unveröffentlichte Daten, Walther Straub Inst. für Pharmakologie und Toxikologie, München). Diese sind schlechter verformbar als die normalen Diskozyten. Eine membranexpandierende Wirkung von Albumin kann mangels Diffusionsfähigkeit in die Membran ausgeschlossen werden.

Allerdings zeigt Abb.23 auch drei mit $2 \cdot 10^{-5}$ molarer Chlorpromazinlösung inkubierte Populationen, die in 0.5-prozentiger NaCl-Lösung eine verbesserte Passagefähigkeit von im Mittel 12% gegenüber der Kontrolle ohne Pharmakon aufweisen. Dieser Effekt liegt im erwarteten Bereich, wenn man einen "NaCl-Shift" von 0.02 g% durch Chlorpromazin (entsprechend etwa 25% antihämolyschem Effekt; Remien, unveröffentlichte Daten, Anschr. s.o.) anwendet auf die Steilheit des nach hypoton ansteigenden Schenkels in Abb.22, welcher auf Änderungen des Oberflächen-Volumen-Verhältnisses anspricht.

Diese Passageverbesserung kann aber wiederum mit Formeffekten erklärt werden. Vom Waschen der Erythrozyten bis zur Filterpassage ist teilweise eine (leider nicht genau registrierte) Aufbewahrungszeit in glukosefreiem Puffer in der Größenordnung von einigen Stunden vergangen. Dies führt zur Bildung von Echinozyten (23), ein Vorgang, der durch Chlorpromazin in der angewandten Konzentration antagonisiert wird; vgl. hierzu die bereits genannten Literaturstellen über Formveränderungen. Es ist daher nicht auszuschließen, daß in der einen Population Diskozyten in schlechter passagefähige Stomatozyten übergingen, während bei den anderen drei die ungünstige Echinozytenform zur besser porengängigen Diskozytenform revertiert wurde.

Weitere Hinweise gegen primäre Membranexpansion zeigt Abb.25. Mit variabler Chlorpromazinkonzentration und fixem Kochsalzgehalt von 0.5 g% konnte in Richtung auf die maximal antihämolysische CPZ-Konzentration von $2 \cdot 10^{-5}$ mol/l keine fallende Tendenz der retinierten Zellen und damit keine Verbesserung des Oberflächen-Volumen-Verhältnisses entdeckt werden. Wiederholung mit 0.46 g% NaCl, also unter gerade einsetzender Hämolysen, erbrachte die erwartete erhöhte Retention infolge jetzt erst darstellbaren antihämolysischen Effekts. Für die erhöhte Retention bis fast 70% (gegenüber Kontrolle ohne Pharmakon) in Abb.25 bei $4 \cdot 10^{-5}$ M CPZ kommen die bereits diskutierten Formeffekte als Ursache in Frage.

Ein ähnliches Verhalten wies das quarternäre Phenothiazin Thiazinamium auf. Abb.26 (variable Kochsalzkonzentration) zeigt verbessertes Passageverhalten unter 1 millimolarem Thiazinamium mit Maximum bei 0.46 g% NaCl. Hier waren die Effekte mit 30% bis 50% weniger Retention sogar noch höher. Die Versuche mit fixer NaCl-Konzentration von 0.5 g% und variablem Thiazinamium ließen keine eindeutige Tendenz in Richtung auf maximal antihämolysische Konzentration erkennen (Abb.27).

Die Ergebnisse der Desorptionsmethode zeigen also ein vergleichbares Verhalten einer quarternären und einer zu 50% in tertiärer Form vorliegenden Verbindung. Das quarternäre Molekül vollbrachte sogar bei Untersuchung mit variabler Ionenstärke eine größere Verbesserung der Passagefähigkeit. Das Modell der primären Membranexpansion erfordert jedoch die Diffusion der Wirkstoffmoleküle in die Membranphase. Es ist nicht einzusehen, daß das schlechter lipidlösliche Molekül dieses möglicherweise sogar noch besser können soll. Die Verbesserung des Passageverhaltens mit $20 \mu\text{M}$ CPZ und 0.5-prozentiger Kochsalzlösung wird daher besser mit Formeffekten als mit primärer Membranexpansion erklärt.

Einfluß der Aufbewahrungsdauer

Erythrozyten aus überalterten, im Kühlschrank aufbewahrten ACD-Konserven wiesen eine deutlich höhere Empfindlichkeit gegen Scherkräfte auf als frisch gespendete (Abb.10). Weiterhin wurden im Rahmen der vorliegenden Untersuchung auch alterungsbedingte Änderungen der mechanischen Fragilität in verschiedenen osmolaren Medien registriert. Im Ergebnisteil sind die Beobachtungen an einer ACD-Konserve über 18 Tage und an gewaschenen Erythrozyten über 3 Tage beschrieben. Parameter für die Empfindlichkeit von Erythrozyten gegen Hypotonizität ist die Steilheit der Hämoglobinfreigabe in Abhängigkeit von der Osmolarität des Mediums. Es fiel bei Konservenblut eine zunehmende Empfindlichkeit der Zellen während 14 Tagen auf, die aber am 18. Tag unter den Ausgangswert sank. Die gewaschenen Erythrozyten zeigten während der dreitä-

gigen Aufbewahrung im Kühlschrank eher eine (nicht signifikante) Empfindlichkeitsabnahme. Der Einfluß auf die Empfindlichkeit stellt sich sowohl hinsichtlich der Steilheit der Osmolaritätsabhängigkeit wie auch des Absolutbetrages intrazellulären Hämoglobins dar (Abb.12 und 13). Unter isotoner Bedingung zeigt sich praktisch keine altersbedingte Änderung. Die Aufbewahrung von Frisch- und Konservenblut erfolgte bei ca. 5°C.

Als Erklärung für dieses Verhalten werden in der Literatur vor allem zwei Mechanismen gefunden. Haradin et al. (31) beschreiben einen etwa exponentiellen Verlust von Cholesterin und Phospholipiden während gekühlter Aufbewahrung von ACD-Blut. Nach Fig.2 dieser Arbeit beträgt er nach 7 Tagen etwa 10%, nach 14 Tagen knapp 20%. Dieser Vorgang muß zu einer Destabilisierung der Membran gegenüber mechanischen Belastungen führen.

Weiterhin ist bekannt, daß der Hämoglobingehalt des Erythrozyten im Lauf der Alterung zunimmt. Bartosz et al. (2) führen dies in der Hauptsache auf Elektrolytverschiebungen zurück. Dabei sei der Kalium-Ausstrom höher als der Natrium-Einstrom. Eine solche negative Elektrolyt-Bilanz muß von osmotischem H₂O-Verlust gefolgt sein. Es ist verständlich, daß die Zellen dann gegenüber abnehmender Tonizität des Suspensionsmediums eine größere Reserve besitzen.

Die eigenen Daten zeigen wohl eine Überlagerung beider Mechanismen beim ACD-Blut (Abb.12). Demnach muß bis zum 5. Aufbewahrungstag der Lipidverlust im Vordergrund stehen und die Empfindlichkeit der Zellen erhöhen. Zwischen 5. und 14. Tag heben sich beide Effekte auf, während nach 18 Tagen gekühlter Aufbewahrung des ACD-Blutes die "osmotische Reserve" überwiegt und die Population unempfindlicher macht.

Während das ACD-Blut bereits nach 5 Tagen die beschriebene deutliche Destabilisierung zeigt, weisen gewaschene, im Kühlschrank in PBS-Puffer aufbewahrte Erythrozyten im Verlauf dreitägiger Beobachtung eine schwache Stabilisierung auf. Dies paßt gut zur obigen These, denn im Gegensatz zur ACD-Konserven besitzt der Puffer keine Plasmaproteine, welche die Membranlipide aufnehmen könnten. Der so bestehende, für den Übergang in die wässrige Phase ungünstige Verteilungskoeffizient "stabilisiert" demgemäß die Membran. Die in Abb.13 dargestellte Stabilisierung innerhalb von 3 Tagen ist nur gering. Dieser Umstand wird aber verständlich, wenn man bedenkt, daß das Prinzip der "osmotischen Reserve" offensichtlich später einsetzt (sichtbar nach etwa 14 Tagen), wie aus dem biphasischen Verhalten der ACD-Erythrozyten hervorgeht.

ZUSAMMENFASSUNG

In der vorgelegten Arbeit wird der Einfluß amphiphiler Pharmaka auf die mechanische Belastbarkeit und Verformbarkeit von Erythrozyten gesunder Spender untersucht. Zur mechanischen Belastung wurden Erythrozytensuspensionen Scherkräften in engen Kanälen oder Ultraschall ausgesetzt. Die Verformbarkeit wurde anhand der Filtrierbarkeit von Suspensionen niedrigen Hämatokrits bestimmt.

Mit der Ultraschallmethodik konnten keine Wirkungen der untersuchten Pharmaka auf die Fragilität nachgewiesen werden. Gegen Scherkräfte erbringen Phenothiazine mit tertiärem Stickstoff geringe, solche mit quaternärem keine Stabilisierung. Mit Na-dodecylsulfat war ebenfalls kein Einfluß nachweisbar, Thiopental stabilisierte in geringem Umfang. Effekte auf die Verformbarkeit von Erythrozyten waren nicht eindeutig. Angesichts der deutlichen antihämolytischen Wirksamkeit dieser Substanzen erscheinen solche Ergebnisse zunächst erstaunlich. Zur Interpretation dieses scheinbaren Widerspruchs wird ein Membranmodell vorgestellt, das zwischen viskösen und elastischen Eigenschaften der Membran differenziert.

Eine solche Differenzierung liefert ein wichtiges Argument gegen eine primär membranexpandierende Wirkung der Phenothiazine. Diese können ihren protektiven Effekt erst dann entfalten, wenn nach plastischer Umformung der Erythrozytenmembran Bindungsstellen frei geworden sind, die die Wirkstoffmoleküle aufnehmen. Würde der Wirkstoff primär, also ohne vorangegangene mechanische Belastung in die Membranphase eindiffundieren, müßte sein protektiver Effekt unabhängig davon sein, wie lange die Noxe andauert; es bräuchte keine plastische Umformung. Somit ist die Vorstellung begründet, daß Phenothiazine wie Chlorpromazin an der Membran-Wasser-Grenzfläche adsorbiert sind und dadurch die Expansibilität der Erythrozytenmembran vergrößern, ohne sie a priori zu expandieren. Der antihämolytische Effekt von Phenothiazinen wird der viskösen Komponente zugeordnet. Dies läßt sich damit begründen, daß die pharmakoninduzierte Stabilisierung der Membran bei kurzdauernder Belastung durch Scherkräfte im Mikrosekundenbereich gering ist oder ganz ausbleibt. Die Stabilisierung gegen osmotische Hämolyse ist dagegen deutlich größer. Hier liegt die Dauer der tangentialen Membranbelastung in der Größenordnung von 10 sec; sie hält also um den Faktor 10^7 länger an, als bei der Scherkraftmethode.

Erythrozyten veränderten ihre Empfindlichkeit gegen Scherkräfte während der Aufbewahrung in einer ACD-Konserve bei einer Temperatur von ca. 5°C. Die Empfindlichkeit nahm in der ersten Woche zu und sank in der dritten unter das Ausgangsniveau ab. Nach 3 Monaten war die Empfindlichkeit deutlich größer

als zu Beginn. Dagegen wiesen frisch gespendete, gewaschene und in Puffer suspendierte Erythrozyten ausschließlich eine Abnahme der Empfindlichkeit gegen Scherkräfte während dreitägiger Beobachtung auf. Die Stabilisierung kann in beiden Fällen mit Elektrolyt- und H_2O -Verschiebung nach extrazellulär erklärt werden, wodurch sich ein günstigeres Oberflächen-Volumen-Verhältnis der Zellen einstellt. Für die vorübergehende Destabilisierung bei ACD-Erythrozyten sind wahrscheinlich Lipidverluste aus der Membran an die Plasmaproteine verantwortlich.

Bei der Hämoglobinfreisetzung durch Ultraschall bzw. Scherkräfte wurde eine exponentielle Abhängigkeit von Beschallungszeit bzw. Filtrationsdruck beobachtet. Im Anhang sind Basic-Programme zur Kurvenanpassung an einfache und doppelte (d.h. Summe aus zwei einfachen) e-Funktionen sowie zur statistischen Auswertung vorgestellt. Sie geben Entscheidungshilfen zur Annahme von Ein- oder Zwei-Kompartiment-Modellen. Bei der Ultraschallmethode war mit allen Pharmaka die Anpassung einer einfachen e-Funktion an die Meßdaten möglich. Dies steht in Einklang zu einer Zellzerstörung durch implodierende Kavitationen unter hoher Energiefreisetzung nach dem "Alles-Oder-Nichts"-Prinzip. Die protektive Wirkung erhöhter extrazellulärer Viskosität und der Verlauf der Meßdaten entlang einer doppelten e-Funktion werden als Folge einer Strömungsbehinderung erklärt.

Bei der Untersuchung des Effekts von Scherkräften im Filterporenkanal erbringen die Daten signifikante Parameter für Ein- und Zwei-Kompartiment-Modelle; für letztere bevorzugt dann, wenn Erythrozyten durch Altern, hypotones Suspensionsmedium oder destabilisierende Wirkstoffkonzentrationen empfindlicher geworden sind. Dies kann zum einen bedeuten, daß die Fraktion besonders fragiler Erythrozyten größer geworden ist, so daß deren Existenz als eigene Subpopulation statistisch nachgewiesen werden kann. Zum anderen muß aber auch erwogen werden, daß die etwa 10% Doppelporen im Filtermaterial die eingesetzte Erythrozyten-Gesamtpopulation, deren Individuen sich nicht a priori unterscheiden, in zwei verschieden stark geschädigte Fraktionen aufspalten. Als Alternative zum Zwei-Kompartiment-Modell wurde schließlich noch eine mathematische Beziehung für die Hämolyse im Filterkanal als Funktion des Filtrationsdrucks formuliert, wobei eine lineare Abhängigkeit des Halbwertsdrucks von der Expositionszeit berücksichtigt ist.

Zur weiteren Aufklärung der besprochenen Abhängigkeit des stabilisierenden Effekts von der Dauer der mechanischen Belastung müßte diese gezielt verändert werden, z.B. mit Ultraschall verschiedener Frequenzen. Außerdem kann man die Expositionsdauer durch erhöhte extrazelluläre Viskosität verlängern. Zu fordern wäre eine kavitationsfreie Beschallung, bei der Scherkräfte durch Mikroströmungen auftreten. Kavitationen setzen hohe Energien frei, diese zerstören Erythrozyten nach dem "Alles-Oder-Nichts"-Prinzip. Veränderungen der Membraneigenschaften können so nicht gesehen werden.

LITERATURVERZEICHNIS

1. Bacher R P & Williams M C (1970) Hemolysis in capillary flow. *J Lab Clin Med* **76**, 485-96.
2. Bartosz G & Leyko W (1980) Aging of the erythrocyte. I. Increase in the microviscosity of cell interior as determined by the spin label method. *Blut* **41**, 131-6.
3. Bessis M & Mohandas N (1975) Deformability of normal, shape-altered and pathological red cells. *Blood Cells* **1**, 315-21.
4. Birchmeier W & Singer S J (1977) On the mechanism of ATP-induced shape changes in human erythrocyte membranes. II. The role of ATP. *J Cell Biol* **73**, 647-59.
5. Bodemann H & Passow H (1972) Factors controlling the resealing of the membrane of human erythrocyte ghosts after hypotonic hemolysis. *J Membrane Biol* **8**, 1-26.
6. Bondy B & Remien J (1981) Differential binding of chlorpromazine to human blood cells: application of the hygroscopic desorption method. *Life Sci* **28**, 441-9.
7. Braasch D & Rogausch H (1971) Decreased red cell deformability after severe burns, determined with the chlorpromazine test. *Pflügers Arch* **323**, 41-9.
8. Brailsford J D Bull M H & Bull B S (1980) Direct measurement of erythrocyte membrane expansion due to gaseous anesthetics. In: *Molecular mechanisms of anesthesia*. Ed. by Fink B R. *Progr Anesthesiol* **2**, 379-83.
9. Bruijne A W de & Steveninck J van (1979) The effect of anesthetics and heat treatment on deformability and osmotic fragility of red blood cells. *Biochem Pharmacol* **28**, 177-82.
10. Bull B S (1972) Red cell biconcavity and deformability. A macromodel based on flow chamber observations. *Nouv Rev Fr Hematol* **12**, 835-44.
11. Bull B S & Brailsford J D (1973) The biconcavity of the red cell: an analysis of several hypotheses. *Blood* **41**, 833-44.
12. Bull M H Brailsford J D & Bull B S (1982) Erythrocyte membrane expansion due to the volatile anesthetics, the 1-alkanols, and benzyl alcohol. *Anesthesiology* **57**, 399-403.
13. Burton A C (1966) Role of geometry, of size and shape, in the micro-circulation. *Fed Proc* **25**, 1753-60.

14. Chen R Y Z Lee M M L & Chien S (1979) Local anesthetics and the rheologic behavior of erythrocyte suspensions. *Anesthesiology* **51**, 245-50.
15. Chien S Luse S A & Bryant C A (1971) Hemolysis during filtration through micropores: a scanning electron microscopic and hemorheologic correlation. *Microvasc Res* **3**, 183-203.
16. Chien S Sung K-L P Skalak R Usami S Tözeren A (1978) Theoretical and experimental studies on viscoelastic properties of erythrocyte membrane. *Biophys J* **24**, 463-87.
17. Chien S Usami S Dellenback R J & Gregersen M I (1967) Blood viscosity: Influence of erythrocyte deformation. *Science* **157**, 827-9.
18. Chien S Usami S Jan K-M & Skalak R (1973) Macrorheological and micro-rheological correlation of blood flow in the macrocirculation and microcirculation. In: *Rheology of biological systems*, pp 12-48. Ed. by Gabelnick H L & Litt M. Charles C Thomas Publisher, Springfield, Illinois.
19. Conrad M J & Singer S J (1979) Solubility of amphipathic molecules in biological membranes and lipid bilayers and its implications for membrane structure. *Proc Natl Acad Sci* **76**, No 10, 5202-6.
20. Conrad M J & Singer S J (1981) The solubility of amphipathic molecules in biological membranes and lipid bilayers and its implications for membrane structure. *Biochemistry* **20**, No 4, 808-18.
21. Deuticke B (1968) Transformation and restoration of biconcave shape of human erythrocytes. *Biochim Biophys Acta* **163**, 494-500.
22. Evans E & Fung Y C (1972) Improved measurements of the erythrocytes geometry. *Microvasc Res* **4**, 335-47.
23. Feo C & Mohandas N (1977) Role of ATP depletion on red cell shape and deformability. *Blood Cells* **3**, 153-61.
24. Fisz M (1970) *Wahrscheinlichkeitsrechnung und mathematische Statistik*. 5. Aufl. VEB Deutscher Verlag der Wissenschaften. Berlin (DDR).
25. Forth W Henschler D Rummel W (Hrsg) (1980) *Allgemeine und spezielle Pharmakologie und Toxikologie*. 3. Aufl, Bibliographisches Inst Mannheim Wien Zürich, Wissenschaftsverlag.
26. Fung Y C (1977) Red blood cells and their deformability. In: *Microcirculation*, Vol I, 255-78.
27. Geigy AG (1968) *Documenta Geigy Wissenschaftliche Tabellen*. 7. Aufl, 1. revidierter Nachdruck 1969, J R Geigy AG, Basel.
28. Gerthsen C & Kneser H O (1969) *Physik*. 10. Aufl, Springer Berlin Heidelberg New York.

29. Goodman Gilman A Goodman L S Gilman A (Ed) (1980) The pharmacological basis of therapeutics. 6th edition, Macmillan Publishing Co New York.
30. Halpern B N & Bessis M (1950) Action anti-sphérocytaire de certains corps synthétiques dérivés de la phénothiazine. C R Seances Soc Biol 144, 759-60.
31. Haradin A R Weed R I & Reed C F (1969) Changes in physical properties of stored erythrocytes. Relationship to survival in vivo. Transfusion 9, No 5, 229-37.
32. Harrison D G & Long C (1968) The calcium content of human erythrocytes. J Physiol 199, 367-81.
33. Hughes D E & Nyborg W L (1962) Cell disruption by ultrasound. Science 138, 108-14.
34. Johansson P W Jay A W & Rowlands S (1977) Electronic measurement of red cell flow in micropipettes. Can J Physiol Pharmacol 55, 72-6.
35. Johnson R M & Kirkwood D H (1978) Loss of resealing ability in erythrocyte membranes. Effect of divalent cations and spectrin release. Biochim Biophys Acta 509, 58-66.
36. Kaboth W & Begemann H (1971) Blut. In: Gauer Kramer Jung (Hrsg), Physiologie des Menschen. Band 5. Urban & Schwarzenberg, München.
37. Keshavia J M S (1970) Thesis. University of Minnesota, Minneapolis.
38. Klimmek R Szinicz L & Weger N (1983) Chemische Gifte und Kampfstoffe. Hippokrates Verlag Stuttgart.
39. Krüger-Thiemer E & Schlender B (1963) Die Lösung chemotherapeutischer Probleme durch programmgesteuerte Ziffernrechenautomaten. 2. Mitteilung: Die exakte Berechnung der Gleichungsparameter und ihrer Vertrauensgrenzen mit Hilfe des Gauss-Newton-Iterationsverfahrens. Arzneimittelforschung 13, 891-4.
40. Krüger-Thiemer E Schlender B & Seydel J (1963b) Die Lösung chemotherapeutischer Probleme durch programmgesteuerte Ziffernrechenautomaten. 3. Mitteilung: Die Berechnung der Basallöslichkeit S_0 und der sauren pK_a -Werte von Sulfonamiden nach der Löslichkeitsgleichung von Krebs und Speakman. Arzneimittelforschung 13, 894-906.
41. Kwant W O & Seeman P (1969) The membrane concentration of a local anesthetic (chlorpromazine). Biochim Biophys Acta 183, 530-43.
42. Kwant W O & Steveninck J van (1968) The influence of chlorpromazine on human erythrocytes. Biochem Pharmacol 17, 2215-23.
43. Leterrier F Mendyk A & Viret J (1976) Interaction of chlorpromazine with biological membranes. A photochemical study using spin labels. Biochem Pharmacol 25 II, 2469-74.

44. Leverett L B Hellums J D Alfrey C P & Lynch E C (1972) Red blood cell damage by shear stress. *Biophys J* **12**, 257.
45. List PH Hörhammer L Roth H J & Schmid W (Hrsg) (1977) *Hagers Handbuch der pharmazeutischen Praxis*. 4. Ausg, Springer Berlin Heidelberg New York.
46. Marchesi S L Steers E Marchesi V T & Tillack T W (1969) *Biochemistry* **9**, 50-7.
47. Mohandas N & Feo C (1975) A quantitative study of the red cell shape changes produced by anionic and cationic derivatives of phenothiazine. *Blood Cells* **1**, 375-84.
48. Mori T Matubayasi N & Ueda I (1983) Membrane expansion and inhalation Anesthetics. Mean excess volume hypothesis. *Mol Pharmacol* **28**, 123-30.
49. Negwer M (1978) *Organisch-chemische Arzneimittel und ihre Synonyma*. 5. Aufl, Akademie Verlag Berlin.
50. Nevaril C G Lynch E C Alfrey Jr C P & Hellums J D (1968) *J Lab Clin Med* **71**, 784.
51. Pfeffer M (1973) COMPT, a Time-Sharing Program for Nonlinear Regression Analysis of Compartmental Models of Drug Distribution. *J Pharmacokin Biopharm*, **1**, No.2, 137-63.
52. Ralston G B (1978) The structure of spectrin and the shape of the red blood cell. *TIBS Sept 1978*, 195-8.
53. Remien J & Naar R (1981) Mechanical lysis of red cells in micropores. 11th Europ Conf Microcirc, Garmisch-Partenkirchen 1980, *Bibl Anat* No **20**, 226-9 (Karger Basel).
54. Remien J Wissmann J (1979) Interactions of chlorpromazine, promethazine and their quarternary analogues on osmotic fragility, deformability and cell shape of human red blood cells. *Microvasc Res* **18** (3).
55. Rooney J A (1970) Hemolysis near an ultrasonically pulsating gas bubble. *Science* **169**, 869-71.
56. Sachs L (1984) *Angewandte Statistik*. 6. Aufl. Springer, Berlin Heidelberg New York Tokyo.
57. Schmidt-Schönbein H (1970) *Rheologische Eigenschaften von Erythrozyten*. Habilitationsschrift Physiol Inst Ludwig-Maximilians-Universität München.
58. Schmidt-Schönbein H Gallasch G Gosen J v Volger E & Klose H J (1976) Red cell aggregation in blood flow. II. Effect on apparent viscosity of blood. *Klin Wschr* **54**, 159-67.

59. Seeman P (1966) Erythrocyte membrane stabilization by local anesthetics and tranquilizers. *Biochem Pharmacol* **15**, 1753-66.
60. Seeman P (1967) Transient holes in the erythrocyte membrane during hypotonic hemolysis and stable holes in the membrane after lysis by saponin and lysolecithin. *J Cell Biol* **32**, 55.
61. Seeman P (1969) Temperature dependence of erythrocyte membrane expansion by alcohol anesthetics. Possible Support of the partition theory of anesthesia. *Biochim Biophys Acta* **183**, 520-9.
62. Seeman P (1972) The membrane actions of anesthetics and tranquilizers. *Pharmacol Rev* **24**, 583-655.
63. Seeman P & Kwant W O (1969) Membrane expansion of the erythrocyte by both the neutral and ionized forms of chlorpromazine. *Biochim Biophys Acta* **183**, 512-9.
64. Seeman P Kwant W O & Sauks T (1969) Membrane expansion of erythrocyte ghosts by tranquilizers and anesthetics. *Biochim Biophys Acta* **183**, 499-511.
65. Seeman P Kwant W O Sauks T & Argent W (1969) Membrane expansion of intact erythrocytes by anesthetics. *Biochim Biophys Acta* **183**, 490-8.
66. Seeman P & Roth S (1972) General anesthetics expand cell membranes at surgical concentrations. *Biochim Biophys Acta* **255**, 171-7.
67. Sheetz M P & Singer S J (1974) Biological membranes as bilayer couples. A molecular mechanism of drug-erythrocyte interactions. *Proc Nat Acad Sci* **71**, No 11, 4457-61.
68. Shrivastav B B & Burton A C (1970) The effect of changing interfacial on the shape of the red cell. *Can J Physiol Pharmacol* **48**, 359-68.
69. Singer S J & Garth L N (1972) The fluid mosaic model of the structure of cell membranes. *Science* **175**, 720-31.
70. Solomon A K (1960) Red cell membrane structure and ion transport. *J Gen Physiol* **43**, Suppl. 1, 1.
71. Sutura S P Mehjardi M & Mohandas N (1975) Deformation of Erythrocytes under shear. I. Rotation and deformation in dilute suspensions. *Proc Roy Soc London* **182** (series B), 351.
72. Tarssanen L (1976) Hemolysis by Ultrasound. *Scand J Haemat, Suppl.* **29**.
73. Trudell J R (1977) The membrane volume occupied by anesthetic molecules. A reinterpretation of the erythrocyte expansion data. *Biochim Biophys Acta* **470**, 509-10.
74. Trudell J R (1977) A unitary theory of anesthesia based on lateral phase separations in nerve membranes. *Anesthesiology* **46**, 5-10.

75. Weast R C (Editor-in-Chief) (1973-1974) Handbook of chemistry and physics. 54th edition, Chemical Rubber Co, Cleveland (Ohio).
76. Wildenauer D B Reuther H & Remien J (1980) Reactions of the alkylating agent tris(2-chloroethyl)amine with the erythrocyte membrane. *Biochim Biophys Acta* **603**, 101-66.
77. Williams A R (1973) Viscoelasticity of the human erythrocyte membrane. *Biorheology* **10**, 313-9.
78. Williams A R & Hughes D E (1970) Hemolysis near a transversely oscillating wire. *Science* **169**, 871-3.
79. Yee J P & Mel H C (1978) Cell-membrane and rheological mechanisms: Dynamic osmotic hemolysis of human erythrocytes and repair of ghosts. *Biorheology* **15**, 321-39.
80. Zografi G & Auslander D E (1965) Surface activity of chlorpromazine and chlorpromazine sulfoxide in the presence of insoluble monomolecular films. *J Pharmac Sci* **54**, 1313-8.

ANHANG

	Seiten
Tabellen zu den Abbildungen	112 - 114
Programme	115 - 154

zu Abb. 2

1sec	0	1.00	2.00	5.00	10.0	20.0	30.0	40.0	50.0	60.0
1% intrazell.Hb	95.9	91.1	82.4	62.0	36.0	15.1	7.35	1.84	0.854	1.04
Quantil 25	95.9	89.0	81.4	59.7	34.0	12.5	5.06	2.02	0.854	6.45
Quantil 75	100.	91.0	83.3	64.6	39.5	16.4	9.60	4.75	1.854	3.38
Interquantil 50	379	1.95	2.43	5.06	4.75	3.91	4.62	6.77	0	5.70
1										
P-alpha in %	31.0	23.0	23.0	29.0	29.0	6.00	4.00	4.00	1.00	3.00
Fallzahl										

zu Abb. 3

1% rec1	500	750	1.50	2.00	3.00
Prozentdiff.	5.24	6.42	10.7	25.7	30.3
Quantil 25	3.32	208	3.35	3.24	3.24
P-alpha in %	2.96	85.0	2.90	3.20	3.20

zu Abb. 4

1sec/1	1.0-713.0-71	1.0-612.0-61	3.0-617.0-61	5.0-617.0-61	1.0-512.0-51	3.0-51				
Prozentdiff.	1.2314.3-2	3.41	532	262	100	1.661	910	870	1.40	
Quantil 25	1.2314.3-2	2.84	926	645	1.72	1.92	1.36	1.66	1.39	
Quantil 75	1.2314.3-2	2.71	137	321	762	1.39	1.20	2.20	2.14	
Interquantil 50	0	0	3.00	709	1.17	2.40	3.00	2.64	3.53	
1	0	0	310	1.29	430	110	6.00	930	1.0-2	1.07
P-alpha in %	0	0	70.0	42.0	74.0	91.0	19.0	42.0	95.0	36.0
Fallzahl	1.00	1.00	4.00	2.00	2.00	4.00	2.00	4.00	4.00	4.00

1sec/1	5,6	5,17	6,5	1,0	4,2	6,4	5,0	4
Prozentdiff.	1,59	3,89	2,28	3,30	3,06			
Quantil 25	-1,33	-284	279	043	-3,06			
Quantil 75	4,51	7,15	5,60	6,96	-3,06			
Interquantil 50	5,95	7,35	5,33	6,12	0			
1	7,20	1,40	1,10	1,30	0			
P-alpha in %	52,0	26,0	35,0	32,0	0			
Fallzahl	4,00	4,00	4,00	3,00	1,00			

zu Abb. 5

1sec	1.0-713.0-711.0-613.0-611.0-513.0-511.0-413.0-411.0-31
Prozentdiff.	4.00 3.76 2.90 1.62 3.64 3.20 4.24 1.91 55.7
Quantil 25	7.051 3.761 2.331 1.431 5.951 3.201 4.811 11.91 56.0
Quantil 75	3.061 3.761 1.741 1.431 1.331 3.201 3.601 11.51 55.2
Interquantil 50	7.55 0 4.07 0 4.62 0 1.13 0 790
1	1.00 0 1.00 0 1.50 0 7.20 0 335
P-alpha in %	50.0 0 94.0 0 37.0 0 9.00 0 500
Fallzahl	2.00 1.00 2.00 1.00 2.00 1.00 2.00 1.00 2.00

zu Abb. 6

1sec	1.0-412.0-413.0-41	5.0-417.0-41	1.0-312.0-31				
Prozentdiff.	6.20	6.31	9.43	1.1512.5.2	3.30	1.96	
Quantil 25	1.30	1.97	1.19	1.62	2.73	2.14	
P-alpha in %	24.0	12.0	30.0	10.0	64.0	5.20	9.00

zu Abb. 10: Frischblut

1sec	0	40.0	50.0	70.0	100	130	200	250	300	330
1% intrazell.Hb	96.4	95.7	95.5	92.6	88.2	83.9	79.7	76.5	73.4	69.6
Quantil 25	97.5	94.4	93.4	91.2	87.2	83.9	70.8	74.5	72.2	69.0
Quantil 75	98.6	97.0	94.0	94.0	89.7	84.4	81.3	81.0	76.0	73.2
Interquantil 50	677	2.60	1.33	2.70	2.42	4.00	2.40	6.30	3.02	6.19
Fallzahl	17.0	2.00	5.00	2.00	17.0	5.00	17.0	3.00	10.0	3.00

1sec	400	300
1% intrazell.Hb	65.4	62.2
Quantil 25	60.0	55.4
Quantil 75	71.9	65.3
Interquantil 50	3.01	9.92
Fallzahl	10.0	17.0

zu Abb. 10: Überalterte ACD-Konserven

Sam. Nr.	0	30.0	40.0	50.0	70.0	100.0	200.0	300.0	400.0	500.0
12 Intervall 1. Hb.	95.5	79.3	69.0	56.9	47.3	36.1	16.2	12.0	10.6	6.22
Quantil 25	95.7	79.3	69.0	56.9	46.3	27.0	11.0	6.48	7.09	3.21
Quantil 75	97.1	79.3	69.0	56.9	40.1	24.2	17.4	13.2	10.8	
Interquantil 50	1.36	0	0	4.54	1.63	9.19	12.6	11.0	5.41	7.55
Fallzahl	7.00	1.00	1.00	3.00	3.00	7.00	3.00	2.00	2.00	3.00

zu Abb. 11: indirekte Methode

Intervall 1. Hb.	240	250	280	300
Prozentdiff.	-40.2	-20.6	-13.7	-0.45
Quantil 25	-49.1	-34.3	-34.8	-13.3
Quantil 75	-25.0	-23.0	-3.06	-3.41
Interquantil 50	23.3	8.50	30.7	10.1
1	4.70	13.6	1.00	1.60
P-alpha in %	1.0010.2-5	42.0	36.0	
Fallzahl	4.00	9.00	3.00	2.00

zu Abb. 11: direkte Methode

Intervall 1. Hb.	200	230	260	290
Prozentdiff.	-66.1	-44.2	-23.3	-4.97
Quantil 25	-50.1	-40.0	-20.4	-6.54
Quantil 75	-50.7	-39.3	-21.5	-2.62
Interquantil 50	9.42	8.63	6.93	3.97
1				
P-alpha in %	25.1	10.3	12.3	4.50
Fallzahl	12.6-3	1.7-4	1.0-3	410
	7.00	7.00	7.00	7.00

zu Abb. 14: Frischblut

Intervall 1. Hb.	15.0-41.0-312.0-315.0-3
Prozentdiff.	4.99 -256 -5.39 -9.00
Quantil 25	-857 -236 -5.39 -13.4
Quantil 75	10.0 -256 -5.39 -4.73
Interquantil 50	10.1 0 0 0.75
1	900 0 0 2.00
P-alpha in %	33.0 0 0 30.0
Fallzahl	2.00 1.00 1.00 2.00

zu Abb. 14: überalterte ACD-Konserven

bol 1	5.0	45.0	3		
prozentdiff.	21.5	11.7			

zu Abb. 15: Frischblut

Intervall	3.0-61.0-512.5-513.0-514.0-13.0-4
Prozentdiff.	-3.81 1.02 1.90 -5.49 -50.0 -50.0
Quantil 25	-0.79 -2.73 -9.52 -13.7 -50.0 -50.0
Quantil 75	1.17 4.78 13.5 2.70 -49.9 -50.0
Interquantil 50	9.95 7.53 23.0 16.4 129 0
n	700 300 200 600 700 0
P-alpha in %	51.0 91.0 87.0 56.0 10.6-2 0
Fallzahl	2.00 2.00 2.00 2.00 2.00 1.00

zu Abb. 15: überalterte ACD-Konserven

mol/l	3.0-6	1.0-5	3.0-5	1.0-4
prozentdiff.	1.45	5.92	12.3	14.7

zu Abb. 16: mit Filter

1. Mol/L	5.0-6.7	6.6	1.6-5.2	2.0-3.1	5.0-5.7	6.5-11.0-4
Prozentdiffer.	1.38	2.48	3.23	3.76	14.0	31.1
Quantil 25	1.87	2.17	2.47	2.77	16.7	35.7
Quantil 75	2.12	2.79	6.11	7.37	16.3	28.4
Interquantil 50	1.85	2.55	3.96	5.72	9.86	9.37
Interquantil 50	4.16	10.5	2.20	1.80	4.70	10.1
P-alpha in %	2.60	1.80	12.0	17.0	1.00	200.2
P-alpha in %	4.00	4.00	4.00	4.00	4.00	4.00
fallzahl						

zu Abb. 16: ohne Filter

1. Mol/L	12.0-15.0	6.5-17.0	6.5-11.0-4
Prozentdiffer.	1.79	4.45	6.63
Quantil 25	2.83	4.83	7.84
Quantil 75	1.38	2.62	2.76
Interquantil 50	1.43	2.21	4.28
Interquantil 50	2.90	4.70	3.70
P-alpha in %	18.0	4.20	6.60
fallzahl	3.00	3.00	3.00

zu Abb. 17: mit Filter

1. Mol/L	5.0-6.7	6.6	1.6-5.2	2.0-3.1	5.0-5.7	6.5-11.0-4
Prozentdiffer.	2.08	3.76	4.66	5.33	7.89	16.6
Quantil 25	1.71	3.55	2.89	7.02	9.83	18.3
Quantil 75	2.43	3.98	6.43	1.88	5.53	14.9
Interquantil 50	7.43	4.28	3.54	1.10	3.87	3.35
Interquantil 50	5.30	16.8	2.50	2.30	3.90	9.50
P-alpha in %	12.0	3.80	24.0	26.0	16.0	6.70
fallzahl	2.00	2.00	2.00	2.00	2.00	2.00

zu Abb. 17: ohne Filter

1. Mol/L	12.0-15.0	6.5-17.0	6.5-11.0-4
Prozentdiffer.	1.88	2.59	4.52

zu Abb. 22: mit Filter

1. Mol/L	3.60	3.80	4.00	4.20	4.40	4.60	4.80	5.00	5.20	5.40
Prozentdiffer.	14.1	26.5	46.0	51.4	72.0	87.0	78.4	50.9	43.8	17.2
Quantil 25	14.1	26.5	28.7	37.8	64.2	76.7	67.4	47.6	23.7	14.9
Quantil 75	14.1	26.5	45.4	64.9	85.4	88.5	83.8	65.1	62.4	37.3
Interquantil 50	0	0	28.7	27.1	9.04	16.5	17.5	30.7	27.2	0
fallzahl	1.00	1.00	3.00	4.00	4.00	4.00	4.00	4.00	3.00	1.00

zu Abb. 22: osmotische Hämolysen

1. Mol/L	3.60	3.80	4.00	4.20	4.40	4.60	4.80	5.00	5.20	5.40
Prozentdiffer.	17.9	45.9	53.1	71.7	80.1	94.2	93.0	51.1	80.0	0
Quantil 25	17.9	28.1	34.9	60.2	87.3	98.0	80.6	51.1	80.0	0
Quantil 75	17.9	46.6	63.1	78.9	89.0	95.9	97.5	51.1	80.0	0
Interquantil 50	0	26.6	20.2	10.7	1.70	5.09	8.92	0	0	0
fallzahl	1.00	1.00	3.00	4.00	4.00	3.00	3.00	2.00	1.00	1.00

zu Abb. 23

1. Mol/L	4.00	4.50	4.70	5.00	5.40	5.50	5.60	5.80
Prozentdiffer.	14.0	37.4	35.9	12.3	6.15	14.8	132	0
Quantil 25	14.0	19.9	35.9	26.6	6.15	14.1	0	0
Quantil 75	14.0	43.0	35.9	7.61	6.15	4.87	7.97	0
Interquantil 50	0	23.4	0	18.9	0	18.2	7.97	0
fallzahl	1.00	3.00	1.00	3.00	1.00	3.00	3.00	1.00

```

*****
*
*   FORMATIERTES      B.... = Zeilennr. mit Sprunganweisung,
*   LISTEN            steht am Sprungziel.
*   Bei "LINE OVERFLOW" Reizzeichenausgabe
*   rechtsbündig, hierbei werden " ;", "
*   & " Trennzeichen in der angegebenen
*   Priorität benutzt.
*
*****

```

PROGRAMM I M P U T Ausdruck vom 24.11.85

 Seite - 1 -

```

0010 REM ***** INPUT *****
0020 REM
0030 REM

```

```

0040 REM ***** VEREINBARUNGEN *****
0050 FILES =IMPRT.*IMPRT.*
0051 SCRATCH 1
0052 SCRATCH 2
0060 FKEY 01,1E10,1E10,1E10
0070 FKEY 02,2E10,2E10,2E10
0080 FKEY 03,3E10,3E10,3E10
0094 FKEY 04,E-
0083 FKEY 05,E-
0086 FKEY 06,E-
0087 FKEY 07,E-
0088 FKEY 08,E-
0090 DIN A(4,40), A(8,4), F(16)
0095 DCL 00 (00,10,100), 32 100

```

```

0100 REM ***
0101 LET 1000 = "C1" C60"
0102 LET 100 = "EINVERSTANDEN" JA-F1, NEIN-F2"
0103 LET 170 = "Probe Nr."

```

```

0110 REM ***
0111 DISP "F1 (EINGABE) F2 (KORREKTUR) " 0115

```

PROGRAMM INPUT 24.11.85 Seite - 3 -

```

0060 REM *** SUB VOLUMENKORREKTUR ***      0600 0700 04750
0060 DISP "VOL. PROBE, STANDARD OD. F1"
0060 INPUT I1, I2
0065 LET K=1/I2
0069 IF K=1 THEN 701
0070 PRINT I1, " " I2
0081 PRINT "Volumenkorrekturfaktor =" K      0655
0082 DISP 100,      0710
0084 INPUT I
0086 ON I-1E10 GOTO 711,685
0088 BECP
0090 GOTO 702
0091 RETURN      0706

```

```

0715 REM *** STANDARD'S ***      0681
0720 LET N=0
0730 DISP "STANDARDS: EINZELN=F1, GESAMT=F2"      0770 0032
0740 INPUT F1
0750 LET F1=F1/1E10
0760 ON F1 GOTO 075,775
0765 BECP
0770 GOTO 730
0775 COSUB 700      0760
0776 GOTO 075

```

```

0700 REM *** SUB EINGABE STANDARDS (GESAMT) ***      0775
0752 0060 03030

```

```

0701 LET H0=M1+0
0702 PRINT
0706 DISP H0+1, "J" STANDARD OD. F1"      0840
0800 INPUT H
0810 IF H=1E10 THEN 050
0813 PRINT H,
0820 LET H=M1+H
0830 LET H0=M0+1
0840 GOTO 790
0850 IF H0<0 THEN 050      0010
0851 BECP
0852 ON SCH(N)+1 GOTO 730,700
0860 LET H=M1+H0      0030
0864 PRINT
0865 PRINT "HU STANDARD =" H
0866 DISP 100,      ENFM
0867 INPUT I
0880 ON I-1E10 GOTO 071,700
0885 BECP
0890 GOTO 066
0891 FOR I=1 TO N STEP 1      0000
0892 LET A(3,I)=0
0893 NEXT I

```

PROGRAMM INPUT 24.11.85

Seite - 2 -

```

0112 INPUT I
0113 ON I-1E10 GOTO 120,6000
0114 BECP
0115 GOTO 115
0120 DISP "DIN, DER VARIABLE: (R.U.mol/l) "      0113 0160
0130 R00 10
0140 IF LEN(I)<16 THEN 170
0150 COSUB 4120
0160 GOTO 120
0170 LET A(1)=10      0140

```

```

0100 REM ***
0200 DATA % Haemoglobin, % Ery a, Filter, % Intense Ery
0210 DATA Ext.Ery-Hb, Hb-Ext.Filter, Ext.Ery-Hb
0300 LET F0=FRD(1,2, "Berechnung:", 17,50)
0300 LET A(4)=10
0510 RESTORE
0520 FOR I=1 TO 3+0 STEP 1
0530 READ A(2)
0540 NEXT I
0550 LET A(3)="Standard"
0555 PRINT
0556 PRINT
0557 PRINT
0560 COSUB 363
0561 GOTO 600

```

```

0565 REM *** SUB EXT.H20 ***      0560 0660 04630
0570 LET H0=K0=0
0580 DISP "EXT.H20 GEGEN H20 00.F1"      0630
0590 INPUT I
0600 IF I=1E10 THEN 640
0605 PRINT I,
0610 LET H0=K0+1
0620 LET K0=K0+1
0630 GOTO 580
0640 IF H0=0 THEN 651      0600
0650 LET K0=K0/H0
0660 PRINT
0661 PRINT "HU EXT.H20 (Linearerfaktor) =" K0      0640
0662 DISP 100,      0670
0664 INPUT I
0666 ON I-1E10 GOTO 675,565
0668 BECP
0670 GOTO 662
0675 RETURN      0665
0680 COSUB 565      0561
0681 GOTO 715

```

PROGRAMM INPUT 24.11.85 Seite - 4 -

```

0074 RETURN

```

```

0075 REM *** DATENEINGABE ***      0760 0776 01000
0080 DISP "EINGABE EINZELN=F1, IN SERIE=F2"      0910 0042
0090 INPUT I
0090 ON I-1E10 GOTO 1000,920
0905 BECP
0910 GOTO 800
0920 DISP A(1); " VON, DIS. STEP "      0900
0930 INPUT I1, I2, I3
0940 IF I3<0 THEN 930
0941 BECP
0942 GOTO 800
0950 FOR I=1 TO 12 STEP 13      0940
0960 LET M=N+1
0970 LET A(1,N)=I
0972 IF (I1) AND (I<0) THEN 975
0973 BUILD I, I
0974 GOTO 900
0975 BUILD USING 2456, I, I      0972
0980 DISP I, A(1); " " A(2);      0974
0990 OR F1 GOTO 1030,1000
1000 INPUT A(2,N)      0990
1010 LET A(3,N)=M
1020 GOTO 1030
1030 DISP " " A(3);      0990
1040 INPUT A(2,N), A(3,N)
1050 NEXT I      01020
1060 DISP "EINGABE FERTIG: F1, WEITER: F2"      01007

```

```

1070 INPUT I
1080 ON I-1E10 GOTO 1210,075
1081 BECP
1082 GOTO 1060
1090 DISP M+1; " " A(1); " " A(2);      0900 01200
1100 ON F1 GOTO 1110,1120
1110 DISP " " A(3);      01100
1120 DISP " "      " ENDC=F1 "      01100
1130 ON F1 GOTO 1140,1150
1140 INPUT A(1,N+1), A(2,N+1), A(3,N+1)      01130
1150 GOTO 1100
1160 INPUT A(1,N+1), A(2,N+1)      01130
1170 LET A(3,N+1)=0
1180 IF A(1,N+1)=1E10 THEN 1060      01150
1190 LET M=N+1
1200 GOTO 1090
1210 COSUB 1215      01000 02330
1211 GOTO 2000

```

```

1215 REM *** SUB R-RECHNUNG ***      01210 04600 04700 00000

```


PROGRAMM INPUT 24.11.85

Seite - 9 -

```
4210 LET F10=F10+F8
4211 NEXT I
4212 LET F10=F10+F10+J20
4213 F10END
```

4214 REN *****

```
4300 REN *** FN DISP ***
4301 DEF FND(S,N,110,T,21,I,J,F,120
4302 DCL 30 110, 4 120
4303 BUFFER 832,4
4304 FOR J=1 TO 10 STEP 1 84320 84332
4305 DISP " Bitte END OF LINE druecken!"
4306 FOR I=1 TO 3 STEP 1
4307 BEEP
4308 DELAY 1
4309 NEXT I
4310 DELAY 10
4311 RESTORE
4312 FOR I=1 TO 5-1 STEP 1
4313 READ 10
4314 NEXT I
4315 FOR F#1 TO M STEP 1
4316 READ 10
4317 DISP 110,TMB(T),10
4318 BEEP
4319 RECEIVE 832,120 AND GO
4320 FOR I=1 TO 10+2*CT(J) STEP 1
4321 TEST 832
4322 ON LOC(0)+1 GOTO 4330,4333
4323 NEXT I 84322
4324 CND 832,16
4325 NEXT F
4326 NEXT J
4327 DISP "Bitte 'END OF LINE' druecken und Frage nach
      "110;" beantworten!"
4328 RECEIVE 832,120
4329 COTO 4304
4330 DISP 10;" richtig=>F1, falsch=>F2"; 84322 84334
4331 INPUT I
4332 ON I/10 GOTO 4335,4304
4333 BEEP
4334 COTO 4330
4335 LET F10=F 84332
4336 F10END
```

4337 REN *** ***

PROGRAMM INPUT 24.11.85

Seite - 10 -

```
4400 REN *** SUB KORREKTUR *** *** 02202 86130
4401 PRINT
4402 PRINT
4403 PRINT
4405 BUFFER 832,80
4420 DISP "UEBERSCHRIFT">190, 84460 84500
4430 INPUT I
4440 ON I/10 GOTO 4510,4470
4450 BEEP
4460 COTO 4420
4470 SEND 840,10 84440
4475 CND 840,1
4480 RECEIVE 832,10
4490 PRINT 10
4500 COTO 4420
4510 DISP "FILE ">F0+190; 84440 84530 84590
4520 INPUT I
4530 ON I/10 GOTO 4600,4560
4540 BEEP
4550 COTO 4510
4560 SEND 840,F0 84530
4565 CND 840,1
4566 RECEIVE 832,F0
4570 COSUB 2110
4580 PRINT F0
4590 COTO 4510
4600 DISP "EXT.H20">190; 84530 84640
4610 INPUT I
4620 ON I/10 GOTO 4700,4650
4630 BEEP
4640 COTO 4600
4650 COSUB 365
4660 COSUB 1215
4700 DISP "VOLUMENKORREKTUR">190; 84620 84740
4710 INPUT I
4720 ON I/10 GOTO 4800,4750
4730 BEEP
4740 COTO 4700
4750 COSUB 685
4760 COSUB 1215
4800 DISP "DIMENSIONEN">190; 84720 84840 84900
4810 INPUT I
4820 ON I/10 GOTO 4950,4850
4830 BEEP
4840 COTO 4800
4850 LET 10=" 84820
4860 FOR I=1 TO 4 STEP 1
4870 LET 10=10+0(I)+CHR0(0)
4880 NEXT I
4890 SEND 840,10
4900 CND 832,1
4910 RECEIVE 832,10
```

PROGRAMM INPUT 24.11.85

Seite - 11 -

```
4920 FOR I=1 TO 4 STEP 1
4930 ASSIGN 10,0(I),0
4940 LET 10=0(I)+0(I)+CHR0(0),"",1,1)
4950 PRINT 0(I),
4960 NEXT I
4970 PRINT
4980 COTO 4800
4990 ON F1 COTO 5060,5000 84020
5000 DISP "STANDARD">190; 84990 05040
5010 INPUT I
5020 ON I/10 GOTO 5060,5010
5030 BEEP
5040 COTO 5000
5050 COSUB 700 85020
5060 COSUB 1215
5070 DISP "MERKE">190, 84990 05020 85100 05125 85290
5080 INPUT I
5090 ON I/10 GOTO 5300,5110
5095 BEEP
5100 COTO 5060
5110 DISP 170, 05000 05160
5120 INPUT N7
5125 IF (N7<1) OR (N7>=10) THEN 5060
5130 IF (N7=0) AND (N7<=0) THEN 5170
5140 BEEP
5150 DISP "N ">N,"N1";
5160 COTO 5110
5170 LET 10=" 05130
5180 FOR J=1 TO 3 STEP 1
5190 BUILD 110,0(I),N7)
5200 LET 10=10+10+CHR0(0)
5210 NEXT J
5220 SEND 840,10
5230 CND 840,1
5240 RECEIVE 832,10
5250 ASSIGN 10,0(I),N7),0(2),0(3),N7)10
5260 COSUB 1215
5270 PRINT 170,0(1),0(2),0(3),0(4)
5280 PRINT N7,0(1),N7),0(2),N7),0(3),N7),0(4),N7)
5290 COTO 5060
5300 DISP "LOESCHEN? JA=>F1, NEIN=>F2"; 85000 85340
```

```
5310 INPUT I
5320 ON I/10 GOTO 5350,5600
5330 BEEP 85300
5340 COTO 5300
5350 DISP 170," od.F1"; 85320 85430 85520
5360 INPUT N7
5370 IF (N7<1) OR (N7>=10) THEN 5600
5380 IF N7=0 THEN 5330
5390 PRINT "Loesche die "170;N7
5400 PRINT "0(1),N7),0(2),N7),0(3),N7),0(4),N7)
```

PROGRAMM INPUT 24.11.85

Seite - 12 -

```
5410 DISP 100; 85450
5420 INPUT I
5430 ON I/10 GOTO 5460,5350
5440 BEEP
5450 COTO 5410
5460 FOR I=1 TO N-1 STEP 1 85430
5470 FOR J=1 TO 4 STEP 1
5480 LET 0(I)+0(J,1)+0(J,1)
5490 NEXT J
5500 NEXT I
5510 LET N=N-1
5520 COTO 5350
5530 IF N=0 THEN 5050 85320 85370
5540 DISP "EINFUEGEN? JA=>F1, NEIN=>F2"; 85410
5550 INPUT I
5560 ON I/10 GOTO 5630,5050
5570 BEEP
5580 COTO 5050
5590 DISP "Zusatz auf Platz Nr.=? od.F1"; 85510 85620
```

```
5600 INPUT N7
5605 IF N7=10 THEN 5050
5610 IF (N7<1) OR (N7>=1) THEN 5645
5620 FOR I=N TO N7 STEP -1
5630 FOR J=1 TO 4 STEP 1
5640 LET 0(I)+0(J,1)+0(J,1)
5650 NEXT J
5660 NEXT I
5670 LET N=N+1
5680 DISP 0(1)+0(2)+0(3)+0(4)+0(5)+0(6)+0(7)+0(8)+0(9)+0(10)+0(11)+0(12)+0(13)+0(14)+0(15)+0(16)+0(17)+0(18)+0(19)+0(20)+0(21)+0(22)+0(23)+0(24)+0(25)+0(26)+0(27)+0(28)+0(29)+0(30)+0(31)+0(32)+0(33)+0(34)+0(35)+0(36)+0(37)+0(38)+0(39)+0(40)+0(41)+0(42)+0(43)+0(44)+0(45)+0(46)+0(47)+0(48)+0(49)+0(50)+0(51)+0(52)+0(53)+0(54)+0(55)+0(56)+0(57)+0(58)+0(59)+0(60)+0(61)+0(62)+0(63)+0(64)+0(65)+0(66)+0(67)+0(68)+0(69)+0(70)+0(71)+0(72)+0(73)+0(74)+0(75)+0(76)+0(77)+0(78)+0(79)+0(80)+0(81)+0(82)+0(83)+0(84)+0(85)+0(86)+0(87)+0(88)+0(89)+0(90)+0(91)+0(92)+0(93)+0(94)+0(95)+0(96)+0(97)+0(98)+0(99)+0(100)+0(101)+0(102)+0(103)+0(104)+0(105)+0(106)+0(107)+0(108)+0(109)+0(110)+0(111)+0(112)+0(113)+0(114)+0(115)+0(116)+0(117)+0(118)+0(119)+0(120)+0(121)+0(122)+0(123)+0(124)+0(125)+0(126)+0(127)+0(128)+0(129)+0(130)+0(131)+0(132)+0(133)+0(134)+0(135)+0(136)+0(137)+0(138)+0(139)+0(140)+0(141)+0(142)+0(143)+0(144)+0(145)+0(146)+0(147)+0(148)+0(149)+0(150)+0(151)+0(152)+0(153)+0(154)+0(155)+0(156)+0(157)+0(158)+0(159)+0(160)+0(161)+0(162)+0(163)+0(164)+0(165)+0(166)+0(167)+0(168)+0(169)+0(170)+0(171)+0(172)+0(173)+0(174)+0(175)+0(176)+0(177)+0(178)+0(179)+0(180)+0(181)+0(182)+0(183)+0(184)+0(185)+0(186)+0(187)+0(188)+0(189)+0(190)+0(191)+0(192)+0(193)+0(194)+0(195)+0(196)+0(197)+0(198)+0(199)+0(200)+0(201)+0(202)+0(203)+0(204)+0(205)+0(206)+0(207)+0(208)+0(209)+0(210)+0(211)+0(212)+0(213)+0(214)+0(215)+0(216)+0(217)+0(218)+0(219)+0(220)+0(221)+0(222)+0(223)+0(224)+0(225)+0(226)+0(227)+0(228)+0(229)+0(230)+0(231)+0(232)+0(233)+0(234)+0(235)+0(236)+0(237)+0(238)+0(239)+0(240)+0(241)+0(242)+0(243)+0(244)+0(245)+0(246)+0(247)+0(248)+0(249)+0(250)+0(251)+0(252)+0(253)+0(254)+0(255)+0(256)+0(257)+0(258)+0(259)+0(260)+0(261)+0(262)+0(263)+0(264)+0(265)+0(266)+0(267)+0(268)+0(269)+0(270)+0(271)+0(272)+0(273)+0(274)+0(275)+0(276)+0(277)+0(278)+0(279)+0(280)+0(281)+0(282)+0(283)+0(284)+0(285)+0(286)+0(287)+0(288)+0(289)+0(290)+0(291)+0(292)+0(293)+0(294)+0(295)+0(296)+0(297)+0(298)+0(299)+0(300)+0(301)+0(302)+0(303)+0(304)+0(305)+0(306)+0(307)+0(308)+0(309)+0(310)+0(311)+0(312)+0(313)+0(314)+0(315)+0(316)+0(317)+0(318)+0(319)+0(320)+0(321)+0(322)+0(323)+0(324)+0(325)+0(326)+0(327)+0(328)+0(329)+0(330)+0(331)+0(332)+0(333)+0(334)+0(335)+0(336)+0(337)+0(338)+0(339)+0(340)+0(341)+0(342)+0(343)+0(344)+0(345)+0(346)+0(347)+0(348)+0(349)+0(350)+0(351)+0(352)+0(353)+0(354)+0(355)+0(356)+0(357)+0(358)+0(359)+0(360)+0(361)+0(362)+0(363)+0(364)+0(365)+0(366)+0(367)+0(368)+0(369)+0(370)+0(371)+0(372)+0(373)+0(374)+0(375)+0(376)+0(377)+0(378)+0(379)+0(380)+0(381)+0(382)+0(383)+0(384)+0(385)+0(386)+0(387)+0(388)+0(389)+0(390)+0(391)+0(392)+0(393)+0(394)+0(395)+0(396)+0(397)+0(398)+0(399)+0(400)+0(401)+0(402)+0(403)+0(404)+0(405)+0(406)+0(407)+0(408)+0(409)+0(410)+0(411)+0(412)+0(413)+0(414)+0(415)+0(416)+0(417)+0(418)+0(419)+0(420)+0(421)+0(422)+0(423)+0(424)+0(425)+0(426)+0(427)+0(428)+0(429)+0(430)+0(431)+0(432)+0(433)+0(434)+0(435)+0(436)+0(437)+0(438)+0(439)+0(440)+0(441)+0(442)+0(443)+0(444)+0(445)+0(446)+0(447)+0(448)+0(449)+0(450)+0(451)+0(452)+0(453)+0(454)+0(455)+0(456)+0(457)+0(458)+0(459)+0(460)+0(461)+0(462)+0(463)+0(464)+0(465)+0(466)+0(467)+0(468)+0(469)+0(470)+0(471)+0(472)+0(473)+0(474)+0(475)+0(476)+0(477)+0(478)+0(479)+0(480)+0(481)+0(482)+0(483)+0(484)+0(485)+0(486)+0(487)+0(488)+0(489)+0(490)+0(491)+0(492)+0(493)+0(494)+0(495)+0(496)+0(497)+0(498)+0(499)+0(500)+0(501)+0(502)+0(503)+0(504)+0(505)+0(506)+0(507)+0(508)+0(509)+0(510)+0(511)+0(512)+0(513)+0(514)+0(515)+0(516)+0(517)+0(518)+0(519)+0(520)+0(521)+0(522)+0(523)+0(524)+0(525)+0(526)+0(527)+0(528)+0(529)+0(530)+0(531)+0(532)+0(533)+0(534)+0(535)+0(536)+0(537)+0(538)+0(539)+0(540)+0(541)+0(542)+0(543)+0(544)+0(545)+0(546)+0(547)+0(548)+0(549)+0(550)+0(551)+0(552)+0(553)+0(554)+0(555)+0(556)+0(557)+0(558)+0(559)+0(560)+0(561)+0(562)+0(563)+0(564)+0(565)+0(566)+0(567)+0(568)+0(569)+0(570)+0(571)+0(572)+0(573)+0(574)+0(575)+0(576)+0(577)+0(578)+0(579)+0(580)+0(581)+0(582)+0(583)+0(584)+0(585)+0(586)+0(587)+0(588)+0(589)+0(590)+0(591)+0(592)+0(593)+0(594)+0(595)+0(596)+0(597)+0(598)+0(599)+0(600)+0(601)+0(602)+0(603)+0(604)+0(605)+0(606)+0(607)+0(608)+0(609)+0(610)+0(611)+0(612)+0(613)+0(614)+0(615)+0(616)+0(617)+0(618)+0(619)+0(620)+0(621)+0(622)+0(623)+0(624)+0(625)+0(626)+0(627)+0(628)+0(629)+0(630)+0(631)+0(632)+0(633)+0(634)+0(635)+0(636)+0(637)+0(638)+0(639)+0(640)+0(641)+0(642)+0(643)+0(644)+0(645)+0(646)+0(647)+0(648)+0(649)+0(650)+0(651)+0(652)+0(653)+0(654)+0(655)+0(656)+0(657)+0(658)+0(659)+0(660)+0(661)+0(662)+0(663)+0(664)+0(665)+0(666)+0(667)+0(668)+0(669)+0(670)+0(671)+0(672)+0(673)+0(674)+0(675)+0(676)+0(677)+0(678)+0(679)+0(680)+0(681)+0(682)+0(683)+0(684)+0(685)+0(686)+0(687)+0(688)+0(689)+0(690)+0(691)+0(692)+0(693)+0(694)+0(695)+0(696)+0(697)+0(698)+0(699)+0(700)+0(701)+0(702)+0(703)+0(704)+0(705)+0(706)+0(707)+0(708)+0(709)+0(710)+0(711)+0(712)+0(713)+0(714)+0(715)+0(716)+0(717)+0(718)+0(719)+0(720)+0(721)+0(722)+0(723)+0(724)+0(725)+0(726)+0(727)+0(728)+0(729)+0(730)+0(731)+0(732)+0(733)+0(734)+0(735)+0(736)+0(737)+0(738)+0(739)+0(740)+0(741)+0(742)+0(743)+0(744)+0(745)+0(746)+0(747)+0(748)+0(749)+0(750)+0(751)+0(752)+0(753)+0(754)+0(755)+0(756)+0(757)+0(758)+0(759)+0(760)+0(761)+0(762)+0(763)+0(764)+0(765)+0(766)+0(767)+0(768)+0(769)+0(770)+0(771)+0(772)+0(773)+0(774)+0(775)+0(776)+0(777)+0(778)+0(779)+0(780)+0(781)+0(782)+0(783)+0(784)+0(785)+0(786)+0(787)+0(788)+0(789)+0(790)+0(791)+0(792)+0(793)+0(794)+0(795)+0(796)+0(797)+0(798)+0(799)+0(800)+0(801)+0(802)+0(803)+0(804)+0(805)+0(806)+0(807)+0(808)+0(809)+0(810)+0(811)+0(812)+0(813)+0(814)+0(815)+0(816)+0(817)+0(818)+0(819)+0(820)+0(821)+0(822)+0(823)+0(824)+0(825)+0(826)+0(827)+0(828)+0(829)+0(830)+0(831)+0(832)+0(833)+0(834)+0(835)+0(836)+0(837)+0(838)+0(839)+0(840)+0(841)+0(842)+0(843)+0(844)+0(845)+0(846)+0(847)+0(848)+0(849)+0(850)+0(851)+0(852)+0(853)+0(854)+0(855)+0(856)+0(857)+0(858)+0(859)+0(860)+0(861)+0(862)+0(863)+0(864)+0(865)+0(866)+0(867)+0(868)+0(869)+0(870)+0(871)+0(872)+0(873)+0(874)+0(875)+0(876)+0(877)+0(878)+0(879)+0(880)+0(881)+0(882)+0(883)+0(884)+0(885)+0(886)+0(887)+0(888)+0(889)+0(890)+0(891)+0(892)+0(893)+0(894)+0(895)+0(896)+0(897)+0(898)+0(899)+0(900)+0(901)+0(902)+0(903)+0(904)+0(905)+0(906)+0(907)+0(908)+0(909)+0(910)+0(911)+0(912)+0(913)+0(914)+0(915)+0(916)+0(917)+0(918)+0(919)+0(920)+0(921)+0(922)+0(923)+0(924)+0(925)+0(926)+0(927)+0(928)+0(929)+0(930)+0(931)+0(932)+0(933)+0(934)+0(935)+0(936)+0(937)+0(938)+0(939)+0(940)+0(941)+0(942)+0(943)+0(944)+0(945)+0(946)+0(947)+0(948)+0(949)+0(950)+0(951)+0(952)+0(953)+0(954)+0(955)+0(956)+0(957)+0(958)+0(959)+0(960)+0(961)+0(962)+0(963)+0(964)+0(965)+0(966)+0(967)+0(968)+0(969)+0(970)+0(971)+0(972)+0(973)+0(974)+0(975)+0(976)+0(977)+0(978)+0(979)+0(980)+0(981)+0(982)+0(983)+0(984)+0(985)+0(986)+0(987)+0(988)+0(989)+0(990)+0(991)+0(992)+0(993)+0(994)+0(995)+0(996)+0(997)+0(998)+0(999)+0(1000)+0(1001)+0(1002)+0(1003)+0(1004)+0(1005)+0(1006)+0(1007)+0(1008)+0(1009)+0(1010)+0(1011)+0(1012)+0(1013)+0(1014)+0(1015)+0(1016)+0(1017)+0(1018)+0(1019)+0(1020)+0(1021)+0(1022)+0(1023)+0(1024)+0(1025)+0(1026)+0(1027)+0(1028)+0(1029)+0(1030)+0(1031)+0(1032)+0(1033)+0(1034)+0(1035)+0(1036)+0(1037)+0(1038)+0(1039)+0(1040)+0(1041)+0(1042)+0(1043)+0(1044)+0(1045)+0(1046)+0(1047)+0(1048)+0(1049)+0(1050)+0(1051)+0(1052)+0(1053)+0(1054)+0(1055)+0(1056)+0(1057)+0(1058)+0(1059)+0(1060)+0(1061)+0(1062)+0(1063)+0(1064)+0(1065)+0(1066)+0(1067)+0(1068)+0(1069)+0(1070)+0(1071)+0(1072)+0(1073)+0(1074)+0(1075)+0(1076)+0(1077)+0(1078)+0(1079)+0(1080)+0(1081)+0(1082)+0(1083)+0(1084)+0(1085)+0(1086)+0(1087)+0(1088)+0(1089)+0(1090)+0(1091)+0(1092)+0(1093)+0(1094)+0(1095)+0(1096)+0(1097)+0(1098)+0(1099)+0(1100)+0(1101)+0(1102)+0(1103)+0(1104)+0(1105)+0(1106)+0(1107)+0(1108)+0(1109)+0(1110)+0(1111)+0(1112)+0(1113)+0(1114)+0(1115)+0(1116)+0(1117)+0(1118)+0(1119)+0(1120)+0(1121)+0(1122)+0(1123)+0(1124)+0(1125)+0(1126)+0(1127)+0(1128)+0(1129)+0(1130)+0(1131)+0(1132)+0(1133)+0(1134)+0(1135)+0(1136)+0(1137)+0(1138)+0(1139)+0(1140)+0(1141)+0(1142)+0(1143)+0(1144)+0(1145)+0(1146)+0(1147)+0(1148)+0(1149)+0(1150)+0(1151)+0(1152)+0(1153)+0(1154)+0(1155)+0(1156)+0(1157)+0(1158)+0(1159)+0(1160)+0(1161)+0(1162)+0(1163)+0(1164)+0(1165)+0(1166)+0(1167)+0(1168)+0(1169)+0(1170)+0(1171)+0(1172)+0(1173)+0(1174)+0(1175)+0(1176)+0(1177)+0(1178)+0(1179)+0(1180)+0(1181)+0(1182)+0(1183)+0(1184)+0(1185)+0(1186)+0(1187)+0(1188)+0(1189)+0(1190)+0(1191)+0(1192)+0(1193)+0(1194)+0(1195)+0(1196)+0(1197)+0(1198)+0(1199)+0(1200)+0(1201)+0(1202)+0(1203)+0(1204)+0(1205)+0(1206)+0(1207)+0(1208)+0(1209)+0(1210)+0(1211)+0(1212)+0(1213)+0(1214)+0(1215)+0(1216)+0(1217)+0(1218)+0(1219)+0(1220)+0(1221)+0(1222)+0(1223)+0(1224)+0(1225)+0(1226)+0(1227)+0(1228)+0(1229)+0(1230)+0(1231)+0(1232)+0(1233)+0(1234)+0(1235)+0(1236)+0(1237)+0(1238)+0(1239)+0(1240)+0(1241)+0(1242)+0(1243)+0(1244)+0(1245)+0(1246)+0(1247)+0(1248)+0(1249)+0(1250)+0(1251)+0(1252)+0(1253)+0(1254)+0(1255)+0(1256)+0(1257)+0(1258)+0(1259)+0(1260)+0(1261)+0(1262)+0(1263)+0(1264)+0(1265)+0(1266)+0(1267)+0(1268)+0(1269)+0(1270)+0(1271)+0(1272)+0(1273)+0(1274)+0(1275)+0(1276)+0(1277)+0(1278)+0(1279)+0(1280)+0(1281)+0(1282)+0(1283)+0(1284)+0(1285)+0(1286)+0(1287)+0(1288)+0(1289)+0(1290)+0(1291)+0(1292)+0(1293)+0(1294)+0(1295)+0(1296)+0(1297)+0(1298)+0(1299)+0(1300)+0(1301)+0(1302)+0(1303)+0(1304)+0(1305)+0(1306)+0(1307)+0(1308)+0(1309)+0(1310)+0(1311)+0(1312)+0(1313)+0(1314)+0(1315)+0(1316)+0(1317)+0(1318)+0(1319)+0(1320)+0(1321)+0(1322)+0(1323)+0(1324)+0(1325)+0(1326)+0(1327)+0(1328)+0(1329)+0(1330)+0(1331)+0(1332)+0(1333)+0(1334)+0(1335)+0(1336)+0(1337)+0(1338)+0(1339)+0(1340)+0(1341)+0(1342)+0(1343)+0(1344)+0(1345)+0(1346)+0(1347)+0(1348)+0(1349)+0(1350)+0(1351)+0(1352)+0(1353)+0(1354)+0(1355)+0(1356)+0(1357)+0(1358)+0(1359)+0(1360)+0(1361)+0(1362)+0(1363)+0(1364)+0(1365)+0(1366)+0(1367)+0(1368)+0(1369)+0(1370)+0(1371)+0(1372)+0(1373)+0(1374)+0(1375)+0(1376)+0(1377)+0(1378)+0(1379)+0(1380)+0(1381)+0(1382)+0(1383)+0(1384)+0(1385)+0(1386)+0(1387)+0(1388)+0(1389)+0(1390)+0(1391)+0(1392)+0(1393)+0(1394)+0(1395)+0(1396)+0(1397)+0(1398)+0(1399)+0(1400)+0(1401)+0(1402)+0(1403)+0(1404)+0(1405)+0(1406)+0(1407)+0(1408)+0(1409)+0(1410)+0(1411)+0(1412)+0(1413)+0(1414)+0(1415)+0(1416)+0(1417)+0(1418)+0(1419)+0(1420)+0(1421)+0(1422)+0(1423)+0(1424)+0(1425)+0(1426)+0(1427)+0(1428)+0(1429)+0(1430)+0(1431)+0(1432)+0(1433)+0(1434)+0(1435)+0(1436)+0(1437)+0(1438)+0(1439)+0(1440)+0(1441)+0(1442)+0(1443)+0(1444)+0(1445)+0(1446)+
```

PROGRAMM INPUT 24.11.85

Seite - 13 -

```

0005 PRINT "STANDARDS: GESAMT", 86004
0010 DISP "BERECHNUNG F1:K3 F2:(100-2)" 86000 86013
0011 INPUT F0
0012 LET F0=F0/1E10+1
0013 ON F0 GOTO 0016,0016,0018
0014 BECP
0015 GOTO 0010
0016 PRINT "BERECHNUNG IN 2" 86013 86013
0017 GOTO 0020
0018 PRINT "BERECHNUNG IM 100-2" 86013
0020 COSUB 2090 86017
0025 DISP "READING FILE "F0
0030 FILE 3,F0
0040 READ :3,00,10,00,10,K,10,M
0050 FOR I=1 TO 4 STEP 1
0060 READ :3,00(I)
0070 NEXT I
0080 FOR J=1 TO N STEP 1
0090 FOR I=1 TO 4 STEP 1
0100 READ :3,00(I,J)
0110 NEXT I
0120 NEXT J
0130 COSUB 4000 86170
0140 COSUB 4000
0150 DISP 100; 86190
0160 INPUT J
0170 ON 1/1E10 GOTO 0200,0130
0180 BECP
0190 GOTO 0130
0200 DISP "FILE "F0;" wird ueberschrieben" 86170
0210 CHAIN "INPUT2"
0220 END

```

***** ENDE PROGRAMM INPUT *****

PROGRAMM INPUT1 24.11.85

Seite - 2 -

0251 END

***** ENDE PROGRAMM INPUT1 *****

```

*****
+ FORMATIERTES 8.... = Zeilennr. mit Sprunganweisung,
+ LISTEN: steht am Sprungziel.
+ Bei "LINE OVERFLOW" Restzeichenausgabe
+ rechtsbündig; hierauf werden ":" als
+ Trennzeichen in der angegebenen
+ Priorität benutzt.
+
*****

```

PROGRAMM INPUT 1 Ausdruck von 24.11.85 Seite - 1

```

0010 REN *** INPUT1 ****
0020 REN
0030 REN CHAIN VON INPUT
0040 REN

0050 REN *** VEREINBARUNGEN ****
0060 BUFFER 022,00
0070 DIM F0(100), U(100)
0080 FILES *INPDA1
0090 REN

0100 REN ***
0110 LET F0=0
0120 ACAD :1,F0(F+1),U(F+1) EOF 150 0140
0130 LET F=F+1
0140 GOTO 120
0150 SCRATCH :1 0120
0160 FOR I=2 TO F STEP 1
0170 WRITE :1,F0(I),U(I)
0180 NEXT I
0190 BUILD U0,U(1)
0200 SEND 040,"CREATE U,"F0(1)+",S,"U0
0210 DISP " END OF LINE & F1"
0220 FKEY 01,RUN INPUT2:
0230 ON F GOTO 250
0240 FKEY 01,RUN INPUT1:
0250 BECP 0230

```

PROGRAMM INPUT 2 Ausdruck von 24.11.85 Seite -

```

0010 REN *** CHAIN VON INPUT1 ****
0020 REN
0030 REN DATENUEBERTRAGUNG AUF GENUESCHTES FILE

```

```

0040 REN *** VEREINBARUNGEN ****
0050 DIM A(4,100), AS(4)
0060 DCL 00 ES
0070 FILES *IMPORT:=

```

```

0080 REN *** 0321
0090 DISP "DATENUEBERTR. AUF FILE: "
0100 READ :1,00,10,00,10,K,10,M EOF 330
0110 FOR I=1 TO 4 STEP 1
0120 READ :1,00(I)
0130 NEXT I
0140 FOR J=1 TO N STEP 1
0150 FOR I=1 TO 4 STEP 1
0160 READ :1,00(I,J)
0170 NEXT I
0180 NEXT J
0190 READ :1,10

```

```

0200 REN *** DATENUEBERTR. AUF FILE: 10 ***
0210 DISP "DATENUEBERTR. AUF FILE: "010
0220 FILE : 2,10
0230 SCRATCH :2

```

PROGRAMM INPUT2 24.11.83

Seite - 2 -

```
0240 WRITE 2,K5,"K5=","K5","K5","M=","M"
0250 FOR I=1 TO 4 STEP 1
0260 WRITE 2,AB(I)
0270 NEXT I
0280 FOR J=1 TO M STEP 1
0290 FOR I=1 TO 4 STEP 1
0300 WRITE 2,AC(I,J)
0310 NEXT I
0320 NEXT J
0321 GOTO 80
```

```
0330 REM *** CHAIN INPUT *** 8100
0335 DISP "RETURN TO INPUT"
0340 CHAIN "INPUT"
0350 END
```

ENDE PROGRAMM INPUT2 *****

```
*****
*
* FORMATTIERES 8.... = Zeilennr. mit Sprungangabe.
* LISTEN:      steht am Sprungziel.
*              bei "LINE OVERFLOW" Restzeichenausgabe
*              rechtsbündig; hierbei werden " ;"
*              als Trennzeichen in der angegebenen
*              Priorität benutzt.
*
*****
```

PROGRAMM C M D Ausdruck vom 24.11.83
===== Seite - 1 -

```
0810 REM ***** COMMAND *****
0820 REM
0830 REM
0840 REM STEUERT AUSWERTUNGSPROGRAMME FILTERVERSUCHE,
0841 REM DESORPTION & ULTRASCHALL
```

```
0850 REM ***** UEREINBARUNGEN *****
0860 FILES *.PDATA
0870 DIR A(2:150), F(40), Z(40), F(40)
0880 DCL 8008, 7F(1), 1Z(1), 3Z(10:110,120,K5,Y5)
0890 FKEY 81.1:1.
0900 FKEY 82.2:2.
0910 FKEY 83.3:3.
0920 FKEY 84.4:4.
0930 FKEY 85.5:5.
0940 FKEY 86.6:6.
0950 FKEY 87.7:7.
0960 FKEY 88.WIE TAB.1.
0970 LET 89=0
0980 LET F1=F2=F3=F4=2
```

```
0990 REM *** ABRAGE UEBERSCHRIFT *** 8390
1010 DISP "BILDUEBERSCHRIFT", 8260
1020 RKB US
1030 PRINT US
1040 DISP "EINVERSTANDEN: <JA> <NEIN> ": 8270
1050 INPUT I
```

PROGRAMM CND 24.11.83

Seite - 2 -

```
0260 ON I GOTO 300,210
0270 GOTO 240
```

```
0300 REM *** ABRAGE D. OPTIONS F. KOORD.-KREUZ & LEGENDE ***
0310 DISP "X-AXIS: <LIN> <LOC> <LOC+CONTAB>";
0320 INPUT L0
0330 IF (L0=1) OR (L0=3) THEN 310
0340 DISP "LEGENDE: <TAB> <TAB+M> <MIN>";
0350 INPUT T
0360 ON T GOTO 380,300,350
0370 GOTO 340
0380 LET F1=1 8360 8360
0390 DISP "DINENS.X-ACHSE? // WIE TAB.1=F0";
0400 RKB X5
0410 DISP "DINENS.Y-ACHSE? // WIE TAB.1=F0";
0420 RKB Y5
0430 GOTO 450
0440 BECP 8510 8530
0450 DISP "X-AXIS: BEREICH VON .BIS"; 8430
0460 ON L0 GOTO 470,300,300
0470 DISP "MARKIERG."; 8460
0480 INPUT X1,X2,T1
0490 GOTO 530
0500 INPUT X1,X2 8460 8460
0510 IF (X1=0) OR (X2=0) THEN 440
0520 LET T1=1
0530 IF (X1=X2) OR (T1=0) THEN 440 8490
0540 IF X1<X2 THEN 600
0550 LET I=X1
0560 LET X1=X2
0570 LET X2=1
0580 GOTO 600
0590 BECP 8620
0600 DISP "X-AXIS: BEREICH VON .BIS, MARKIERG."; 8540 8580
0610 INPUT Y1,Y2,T2
0620 IF (Y1=0) OR (T2=0) THEN 590
0630 IF Y1<Y2 THEN 670
0640 LET I=Y1
0650 LET Y1=Y2
0660 LET Y2=1
0670 DISP "BILDBREITE, -HOEHE (<IN Zoll>):"; 8630 8710
0680 INPUT B,H
0690 IF (B<0) AND (H<0) THEN 720
0700 BECP
0710 GOTO 670
0720 PRINT "X-AXIS: "X1: 8690
0730 ON L0 GOTO 740,760,760
0740 PRINT "LINEAR": 8730
0750 GOTO 800
0760 PRINT "LOCAR."; 8730 8730
```

PROGRAMM CND 24.11.83

Seite - 3 -

```
0770 IF L0=3 THEN 790
0780 PRINT " mit KONTR.=0";
0790 PRINT " "; 8770
0800 PRINT TAB(41);"X-AXIS: ";Y5 8730
0810 PRINT "X1:"X1;"BIS:"X2;
0820 ON L0 GOTO 830,840,840
0830 PRINT "STEP":T1; 8020
0840 PRINT TAB(41); 8020 8020
0850 PRINT "X1:"X1;"BIS:"X2;"STEP":T2
0860 PRINT "BREITE "":B:TAB(21);"HOEHE "":H:TAB(41);
0870 ON T GOSUB 890,910,930
0880 GOTO 950
0890 PRINT "LEGENDE MIT WERTETABELLE" 8070
0900 RETURN
0910 PRINT "LEGENDE OHNE WERTETABELLE" 8070
0920 RETURN
0930 PRINT "KEINE LEGENDE" 8070
0940 RETURN
0950 DISP "EINVERSTANDEN? ja->F1, nein->F2"; 8880 8950
0960 INPUT I
0970 ON I GOTO 2000,300
0980 BECP
0990 GOTO 950
```

```
2000 REM *** ABRAGE D. FILES & D. OPTIONS F.D. EINZELNEN
KURVEN *** 8570
2010 COSUB 4500
2020 LET N=1 82340
2030 LET N=0
2040 DISP "N:" FILE < ? ENDE->F1"; 82000 82200
84240
2050 RKB I
2060 IF I=1 THEN 2290
2070 COSUB 5000
2080 IF I=0 THEN 2040
2090 LET F(N)=1
2100 DISP "ZEICHEN=? FUER SAEGLE:ZEICHEN=DEL"-TASTE";
2110 INPUT Z(N)
2120 LET I=0
2130 IF Z(N)=0 THEN 2240
2140 DISP "KURVE: <GER> <EFUN> <POLY> <ZEFUN>"; "MODER": 82170
82170
2150 INPUT I
2160 ON I=1 GOTO 2240,2240,2240,2180,2240
2170 GOTO 2140
2180 DISP "GRAD DES POLYNOMS ? -> <MAX.93>"; 82160
82220
2190 INPUT I
2200 IF I=1 THEN 2230
2210 BECP
2220 GOTO 2180
```

PROGRAMM CND 24.11.85

Seite - 4 -

```

2230 LET I=I+1:M1(I)/10      82200
2240 LET F(M)=I      82130 82160 82160 82160 82160
2250 LET I=M
2260 COSUB 4200
2270 LET M=M+1
2280 GOTO 2040
2290 LET M=M-1      82060
2300 IF M=0 THEN 2350
2310 LET M=M0
2320 ON SGN(M) GOTO 2350
2330 BEEP
2340 GOTO 2030
2350 DISP "EINWERTSTANDEN (JA)<HEIN>(PRINT)";      82300
      82220 82300 82440 82500
2360 INPUT I
2370 ON I GOTO 2310,2390,2450
2380 GOTO 2350
2390 LET M=M0      82370
2400 DISP "NR. DER FALSCHEN ZEILE ";
2410 INPUT M
2420 IF (M=1) AND (M<M0+1) THEN 2040
2430 LET M=M0
2440 GOTO 2350
2450 COSUB 4300      82370
2460 FOR I=1 TO M STEP 1
2470 COSUB 4200
2480 NEXT I
2490 ON SGN(M-3) COSUB 4900
2500 GOTO 2350
2510 ON SGN(80) GOTO 2350      82370
2520 SWITCH 2
2530 LET UM=0
2540 LET DM=80+1      82510

```

```

3000 REM *** Berechnung der SCALE-Parameter ***
3005 RESTORE
3010 DATA .0,.7,.5,.2,.3,.1,.1,.13,.15
3020 READ A1,A2,O1,O2,A3,O2,H2,B3,H3
3030 LET I=(8-H2)/8
3040 IF I<1 THEN 3120
3050 LET B2=B2+I
3060 LET H2=H2+I
3070 LET B3=B3+I
3080 LET H3=H3+I
3090 LET A2=B2+1
3100 LET O1=O1+50R(1)
3110 LET O2=B2+1
3120 ON LB GOTO 3160,3140,3130      83040
3130 LET A1=A1+A3      83120
3140 LET X1=GT(X1)      83120
3150 LET X2=GT(X2)

```

PROGRAMM CND 24.11.85

Seite - 6 -

```

3900 PRINT "FILE 'PLDATA' enthalten"
3910 DISP "DOCH 'M BILD' ja=>1, nein=>2 ";
3920 INPUT I
3930 ON I GOTO 200,9000
3940 BEEP
3950 GOTO 3090

4000 REM *** SUB 10 LEE42 ***      82490
4010 FOR I=1 TO 10 STEP 1
4020 PRINT
4030 NEXT I
4040 RETURN

4200 REM *** SUB ZEILEHAUSDRUCK FILE & OPTION ***      82260
      82470
4210 LET I=20(1)
4220 IF I<8 THEN 4240
4230 LET I=8:"SREULE"
4240 PRINT I;TAB(7);F(1);I;      84220
4250 ON INT(F(1)/3)+1 GOTO 4260,4300,4300,4320,4340
4260 PRINT "KEINE VERBUNDUNG";      84250
4270 GOTO 4350
4280 PRINT "GERADEN";      84250
4290 GOTO 4350
4300 PRINT "E-FUNKTION";      84250
4310 GOTO 4350
4320 PRINT "POLYNOM";      84250
4330 GOTO 4350
4340 PRINT "2 E-FUNKTIONEN";      84250
4350 PRINT "TAB(7);F(1)      84270 84250 84310 84330
4360 RETURN

4500 REM *** SUB UBERSCHRIFT      82810 82430
4510 PRINT
4520 PRINT
4530 PRINT "NR.
FILE: "WERTMARKIERUNG";
4540 PRINT TAB(70);"CODE"
4550 PRINT
4560 RETURN

4570 REM *** SUB SAECULEAREITE ***      83700
4580 REM S = Saeculareite in Zeit, haechst:
4590 LET S=(8-1)*R2/10
4600 FOR J=2 TO M1 STEP 1
4610 LET J1=R(1,J)

```

PROGRAMM CND 24.11.85

Seite - 3

```

3160 LET M0=(A1+X2+X1+(A2-B3))/(A1+A2-B3)      83120
3170 LET M0=(B3+X2-A2-B3)/(A2-B3)
3180 LET M1=(X3-M0)/8
3190 LET Y0=(O1+Y2+Y1+(O2-H3))/(O1+O2-H3)
3200 LET Y0=(H3+Y2-O2+Y0)/(H3-O2)
3210 LET M2=(Y3-Y0)/H
3220 LET X5=X0+.6*M1
3230 LET X6=(X3+X1)/2

3300 REM *** Parameter fuer ein B112 nach +PLDATA ***
3310 DEF FHL(I0)=INT(LEH(I0)/4+.9)*4
3320 WRITE :2,10+7*10,UB,X0,Y0,X1,X2,Y1,Y2,T2
3330 WRITE
      2,8,H,A1,A2,O1,O2,A3,O2,H2,B3,H3,X0,X9,M1,Y0,Y9,M2,M1)
3340 LET UB=UB+26*8+FHL(UB)+FHL(X0)+FHL(Y0)
3350 FOR I=1 TO M1 STEP 1
3360 DISP I,F(1);";";Z(I);F(1)
3370 FILE : I,F(1)
3380 READ :1,UB,18,X,18,X,18,M1,116,18,18,126
3390 FOR I=1 TO M1 STEP 1
3400 READ :1,A(1,J),X,X,A(2,J)
3410 NEXT J
3420 LET T0=2
3430 READ :1,18 EOF 3450
3440 LET T0=1
3450 WRITE :2,UB,M1,116,126,T0      83530
3460 LET UB=UB+FHL(UB)+8+FHL(F(1))+FHL(126)+8
3470 FOR J=1 TO M1 STEP 1
3480 WRITE :2,A(1,J),A(2,J)
3490 LET UB=UB+2*8
3500 NEXT J
3510 ON T0 GOTO 3720,3770
3520 FOR J=1 TO 26 STEP 1      83710
3530 READ :1,X
3540 WRITE :2,X
3550 LET UB=UB+8
3560 NEXT J
3570 IF Z0(1)<"B" THEN 3790      83710
3580 COSUB 4570
3590 WRITE :2,Z(1);F(1);SGN(M-1)+1      83770
3600 LET UB=UB+FHL(Z0(1))+2*8
3610 ON INT(F(1)/3)+1 GOTO 3630,3650,3670
3620 GOTO 3680
3630 LET F2=1      83010
3640 GOTO 3680
3650 LET F3=1      83010
3660 GOTO 3680
3670 LET F4=1      83010
3680 NEXT I
3690 PRINT "83020 83040 83060
3700 PRINT 83750

```

PROGRAMM CND 24.11.85

Seite - 7

```

4620 LET J2=A(1,J)-1
4630 ON LB GOTO 4640,4640,4640
4640 LET J1=GT(1)      84630 84630
4650 LET J2=GT(2)
4660 LET J0=ABS(J1-J2)/M1      84630
4670 IF J0>5 THEN 4690
4680 LET S=10
4690 NEXT J      84670
4700 LET F(1)=S/20
4710 RETURN

6000 REM *** SUB FILENAME ***      80270
6010 LET I(1)=0
6020 GOTO 6110
6030 DISP "INCORRECT FILENAME "+I8      86150 86160 86170
      86220
6040 BEEP
6050 DELAY 10
6060 BEEP
6070 DELAY 10
6080 BEEP
6090 LET I8=""
6100 RETURN
6110 CONVERT I8 TO I LENGTH L      86620
6120 LET F=1
6130 IF (I(1)+42) OR (I(1)+42) THEN 6150
6140 LET F=8
6150 IF L<F THEN 6030      86130
6160 IF L=F THEN 6030
6170 IF (I(F+1)<63) AND (X(9)) THEN 6030
6180 FOR I=F+2 TO L STEP 1
6190 LET X4(I)
6200 IF (X(64)) AND (X(9)) THEN 6230
6210 IF (X(47)) AND (X(30)) THEN 6230
6220 GOTO 6030
6230 NEXT I      86200 86210
6240 RETURN

9000 REM *** STEUERUNG ***      83930
9010 FILE : 1;"FLXHF"
9020 SCRATCH : 1
9030 WRITE :1,F1,F2,F3,F4
9040 DISP " BITTE ETWAS GEDULD"
9050 CHAIN "CND1"
9060 END

```

10 ENDE PROGRAMM CND *****

```
*****
*
*   FORMATIERTES      B.... = Zeilenr., mit Sprungangabe,
*   LISTEN:          steht am Sprungziel.
*   Bei "LINE OVERFLOW" Restzeichenausgabe
*   "rechtsbündig; hierbei werden " : "
*   als Trennzeichen in der angegebenen
*   Priorität benutzt.
*
*****
```

PROGRAMM CND1

Ausdruck vom 24.11.83
Seite - 1 -

0010 REN CHAIN VON CND
0020 REN

```
5000 REN *** STEUERUNG ***      85390
5010 DCL 00 (10,10)
5020 FILES *FLINK;*IMPDT,*RETURN
5030 READ :1,F1,F2,F3,F4
5040 FREY 01,1,1
5050 FREY 02,2,2
5060 RSTORE
5070 RESTORE :1
5080 SCRATCH :2
5090 DATA FITEF,FITPL,FEL2,PLOT,KHAK,XYPLT,PLTAB
5100 LET F(1)=F2
5110 LET F(2)=F3
5120 LET F(3)=F4
5130 LET F(4)=1
5140 LET F(5)=INT((F2+F3+F4)/3)
5150 LET F(6)=1
5160 LET F(7)=F1
5170 LET F=1
5180 FOR I=1 TO 7 STEP 1
5190 READ I0
5200 ON F(1) GOTO 5210,5260
5210 ON F GOTO 5220,5230      05200
5220 LET I10=I0      05210
5230 LET F=2
5240 GOTO 5260
5250 WRITE :3,I0      05210
5260 NEXT I      05200 05240
```

```
5270 DISP "CHAIN oder C)=F1; PRI/DIS=F2";
5280 INPUT I20
5290 IF I20<2 THEN 5000
5300 WRITE :3,"PRI/DIS"
5310 DISP "ENDE -> END OF LINE " :      05350
5320 R00 I0
5330 IF I0="" THEN 5360
5340 WRITE :3,I0
5350 GOTO 5310
5360 LET L=P.N.P0.N0=0      05330
5370 DISP "BEEP: Dauer in 1/10 sec. oder 0";
5380 INPUT L
5390 IF L=0 THEN 5460
5400 DISP "ei.Pause, Wiederholungen ";
5410 INPUT P.N
5420 DISP "gr.Pause, Wiederholg. inabgeab";
5430 INPUT P0.N0
5440 WRITE :3,"P.N.L.P.N.P0.N0
5450 DISP " <EDIT> <CONTINUE> " :      05390 05400 05470
5460 INPUT I
5470 ON I GOTO 5490,5500
5480 GOTO 5490
5490 BUFFER 032,00      05470
5500 RESTORE :3
5510 SCRATCH :2
5520 READ :3,I0      05500 05710
5530 SEND 040,I0      05560 05570 05560 05560 05720
5540 CND 040,1
5550 RECEIVE 032,10
5560 IF (J0="0") AND (I0<0) THEN 5330
5570 IF (J0="") AND (I0="0") THEN 5330
5580 IF J0="" THEN 5520
5590 IF J0="0" THEN 5000
5600 IF J0<0 THEN 5700
5610 LET ILEN(I0)
5620 IF I66 THEN 5640
5630 LET I=05
5640 DISP "EINFUEGEN VOR":EXT0(10,1,13)      05620 05670
5650 R00 J0
5660 IF J0="" THEN 5530
5670 IF J0="0" THEN 5640
5680 WRITE :2,I0
5690 GOTO 5530
5700 WRITE :2,J0      05600
5710 IF (J0<0) AND (I0<0) THEN 5520
5720 IF (J0<0) AND (I0="0") THEN 5530
5730 READ :3,L.P.N.P0.N0
5740 BUILD I0,L.P.N.P0.N0
5750 SEND 040,REPALE,"",N,-1,1
5760 CND 040,1
5770 RECEIVE 032,10
5780 ASSIGN I0,L.P.N.P0.N0:44
```

```
5790 DISP "RETURN WIRD UEBERSCHRIEBEN"
5800 RESTORE :2
5810 SCRATCH :3
5820 READ :2,I0      05050
5830 DISP I0
5840 WRITE :3,I0
5850 IF I0<0 THEN 5820
5860 WRITE :3,L.P.N.P0.N0
5870 GOTO 5650
5880 IF I24="" THEN 5900      05290
5890 WRITE :3,I20
5900 DISP I10      03470 03000
5910 CHAIN I10
5920 PRINT
5930 PRINT
5940 END
```

ENDE PROGRAMM CND1 *****

```
*****
*
*   FORMATIERTES      B.... = Zeilenr., mit Sprungangabe,
*   LISTEN:          steht am Sprungziel.
*   Bei "LINE OVERFLOW" Restzeichenausgabe
*   "rechtsbündig; hierbei werden " : "
*   als Trennzeichen in der angegebenen
*   Priorität benutzt.
*
*****
```

PROGRAMM FITEFN

Ausdruck vom 24.11.83
Seite - 1 -

0010 REN ***** FITEFN *****
0020 REN
0030 REN

```
0040 REN ANPASSUNG AN E-FUNKTION: Y=EXP(CX)
0050 REN
0060 REN A(,),C(,)=KOEFFIZIENTENMATRIZEN
0061 REN DER NORMALGLEICHUNGEN
0070 REN E(,)=VEKTOR DER VERBESSERUNGEN
0071 REN
```

```
0080 REN *****
0090 FILES *PLDATA;*PLDT2;*RETURN;*FLEN*
0100 DIM A(2,2), T(2,2), E(2,1), C(2,1), X(300), Y(350)
0110 DCL 00(10,00)
0120 LET N0=0
```

```
0200 REN *** 0630
0210 READ :1,0,10,10,10 EOF 3000
0230 FOR I=1 TO 25 STEP 1
0240 READ :1,X
0250 NEXT I
0255 LET L0=INT(L0)
```

PROGRAMM FITEFH 24.11.05

Seite - 2 -

```

0260 REM *** FM READ VERTEPAARE ***
0270 DEF FNR I,J
0280 READ 1,US,1,10,10,10
0290 FOR I=1 TO N STEP 1
0300 READ 1,X(1),Y(1)
0310 NEXT I
0311 ON 10 GOTO 313,320
0313 FOR I=1 TO 26 STEP 1      0311
0314 READ 1,J
0315 NEXT I
0320 READ 1,18,F      0311
0330 LET FN=X*F
0340 FNEND

0350 REM *** FNEND ***

0500 REM *** COSUB 2000 & WRITE → PLOTT2 ***** 0630
0520 IF FNR(2) THEN G10
0530 COSUB 2000
0540 LET M=N+1
0550 IF M>1 THEN S70
0560 SCRATCH 2
0570 WRITE 2,A,K,50,51,52,M      0530

0610 REM *** FORTSETZUNG ***      0520
0620 READ 1,1,F
0640 ON F GOTO 200,300

2000 REM *** SUB ANPASSUNG FUER EINE GRUPPE ***** 0530

2010 REM *** NAEHERUNGEN FUER 'A' UND 'K'
2015 LET M=0
2020 REM COSUB Erste Naeherung
2030 COSUB 3000
2040 MAT A=ZER      02410
2050 MAT C=ZER
2060 LET A=B

2070 REM ***
2080 REM BILDUNG DER DIFFERENZ Ygesam - Yberechnet F0
2090 REM BILDUNG DER PARTIELLEN ABLEITUNGEN F(1) UND F(2)
2100 REM AUFSTELLUNG DER NORMALGLEICHUNGEN
2110 REM
2120 FOR G=1 TO M STEP 1
2125 IF ABS(X(G)*K)>227 THEN 2500
2130 LET X=X(G)

```

PROGRAMM FITEFH 24.11.05

Seite - 3 -

```

2140 LET Y=Y(G)
2150 LET F0=Y-A*EXP(K*X)
2160 LET F(1)=EXP(K*X)
2170 LET F(2)=A*X*EXP(K*X)
2180 FOR J=1 TO 2 STEP 1
2190 FOR J=1 TO 2 STEP 1
2200 LET A(1,J)=A(1,J)+F(1)*F(J)
2210 NEXT J
2220 NEXT I
2230 FOR L=1 TO 2 STEP 1
2240 LET C(L,1)=C(L,1)+F0*F(L)
2250 NEXT L
2260 LET AB=A0+F0*2
2270 NEXT J

2280 REM ***
2290 REM BERECHNUNG DES VEKTORS E(.) DER VERBESSERUNGEN
      FUER      'A' UND 'K'

2300 REM
2310 MAT I=INV(C)
2320 MAT E=I*C
2330 LET D=ABS(E(1,1)/A)+ABS(E(2,1)/K)
2340 LET M=M+1
2350 LET A=A+E(1,1)
2360 LET K=K+E(2,1)
2365 DISP 10:A,K,K

2370 REM ***
2380 REM FALLS VERBESSERUNG KLEIN GENUG ENDE DER ITERATION
2390 REM
2400 IF D<1E-6 THEN 2450
2410 IF M(1) THEN 2040
2420 REM
2430 REM BERECHNUNG DER STANDARDABWEICHUNGEN
2440 REM
2450 LET S0=SOR((AB-C(1,1)*E(1,1)-C(2,1)*E(2,1))/4)      02400
2460 LET S1=SOR((A(2,2)/DET))
2470 LET S2=SOR((A(1,1)/DET))
2480 RETURN

```

```

2390 REM *** ANPASSUNG NICHT MOEGLICH!      02125
2510 LET A=50+S1+S2*9E90
2520 LET K=0
2530 RETURN

```

```

3000 REM *** Erste Naeherung ***      02030
3005 LET I=LEM(U)

```

PROGRAMM FITEFH 24.11.05

Seite - 4 -

```

3006 IF I<20 THEN 3010
3007 LET I=19
3010 DISP EXT(US,1,13)"; " 1.Naeherung"      03006
3020 LET S0=S1+S2+S3+S4+S5+0
3030 FOR I=1 TO M STEP 1
3035 IF Y(I)<0 THEN 3120
3040 LET X=X(I)
3050 LET Y=LOG(Y(1))
3060 LET S0=S0+1
3070 LET S1=S1*X
3080 LET S2=S2*X*2
3090 LET S3=S3*Y
3100 LET S4=S4*Y*2
3110 LET S5=S5*X*Y
3120 NEXT I      03035
3121 LET A=100
3122 LET K=1
3125 IF S0<2 THEN 3100
3130 LET S6=S2-S1*2/50
3150 LET S0=S3-S1*S3/50
3155 IF S6=0 THEN 3100
3156 IF LGT(ABS(S0))-LGT(ABS(S6))>99 THEN 3100
3160 LET K=S6/S0
3170 LET A=EXP((S3-K*S4)/50)
3180 DISP 10:A,K,K      03125 03155 03156
3190 RETURN

```

PROGRAMM FITEFH 24.11.05

Seite - 3 -

```

3240 CHAIN U
3250 END      03010

```

ENDE PROGRAMM FITEFH *****

```

5000 REM *** STEUERUNG ***      0220
5010 READ 3,US EOF 5250
5020 SCRATCH 4
5030 LET N1=N2=0
5040 READ 3,10 EOF 5130      05000
5050 WRITE 4,10
5060 LET N2=N2+1
5070 IF 10="0" THEN 5090
5080 GOTO 5040
5090 READ 3,1 EOF 5130      05070 05120
5100 WRITE 4,1
5110 LET N1=N1+1
5120 GOTO 5090
5130 RESTORE 4      05040 05090
5140 SCRATCH 3
5150 FOR J=1 TO N2 STEP 1
5160 READ 4,10
5170 WRITE 3,10
5180 NEXT J
5190 FOR I=1 TO N1 STEP 1
5200 READ 4,1
5210 WRITE 3,1
5220 NEXT J
5230 DISP US

```

PROGRAMM FITPOL 24.11.85

Seite - 2 -

```

1  FORMATIERES      ..... = Zeilennr. mit Sprunganweisung,
2  LISTEN           steht am Sprungziel.
3  .....          Bei: 'LINE QUEFFLOW' Restzeichenausgabe
4  .....          rechtsbündig, hierbei: werden " ;",
5  .....          als Trennzeichen in der angegebenen
6  .....          Priorität benutzt.
7
8
9

```

```
0310 NEXT I
0311 ON T GO TO 312,320
0312 FOR I=1 TO 26 STEP 1      0311
0313 READ :I,J
0314 NEXT I
0320 READ :I,J,F      0311
0330 LET FN=1
0340 FEND
```

0350 REM *** FMEND ***

```

0550 REN *** COSUB 2000 & WRITE > PLDAYS ***** 0630
0560 LET G=C+P*NR
0570 IF INT(F)<3 THEN 610
0581 LET M=F-INT(F)
0592 LET M=M*10      0523
0593 ON SOM*ABS(M-INT(M)) GOTO 522
0594 COSUB 2000
0595 LET M0=M0+1
0596 IF M0>1 THEN 570
0597 SCRATCH '2
0598 WRITE '2.5,M      0550
0599 FOR I=1 TO M      0550
0599 WRITE '2.C(1,I)
0600 NEXT I

```

```
0610 REM *** FORTSETZUNG ***      0520
0620 READ :1,F
0630 DM F GOTO 200,500
```

```

2800 REM *** SUB ANPASSUNG FUER EINE KURVE ***** 0330
2805 DISP "POLYNOM KURVE";G;:;:I6
2810 LET N=M+1
2820 LET M1=2*M-1
2830 LET R=CZER(N,M)
2840 MAT B=CZER(N,M)
2850 MAT C=CZER(N,1)
2860 MAT R=CZER(N,1)
2870 FOR I=1 TO M1 STEP 1
2880 LET S(I)=0
2890 NEXT I
2900 FOR I=1 TO N STEP 1
2910 FOR J=1 TO M1 STEP 1
2920 LET X=X(I)*(J-1)
2930 LET S(J)=S(J)+X
2940 IF J=1 THEN T=1
2950 LET R(J,I)=S(J)-T
2960 NEXT J
29140

```

[illegible]

```
0010 REM ***** IITPUL *****
0020 REM -----
0030 REM
0040 REM ANPRASSUNG AM POLYMER
0050 REM
```

```
0080 REM .....
0090 FILES = PLOWA, PLOWB, PLOWC, PLOWD, PLOWE, PLOWF
0100 DIM A(10,10), B(10,10), C(10,1), R(10,1), S(20),
                                X(350), Y(350)
0110 DCL @@ (I,J,U)
0120 LET I@=0
```

```
0200 REM ***          #630
0210 LET C=0
0220 READ 1.L0,16.10,18.10 EOF 5000
0230 FOR I=1 TO 25 STEP 1
0240 READ 1.X
0250 NEXT I
0255 LET L0=INT(L0)
```

```

0260 REM *** FN READ WERTEFUNKTE ***
0270 DEF FND I,J
0280 READ 1,18 N 18,19,19
0290 FOR I 1 TO N STEP 1
0300 READ 1,4(1),Y(1)

```

PROGRAM FILLPUL 24.11.83

Seite - 7 -

```

2190 FOR I=1 TO M STEP 1
2190 FOR J=1 TO M STEP 1
2200 LET A(I,J)=S(1+J-1)
2210 NEXT J
2220 NEXT I
2230 MAT B=INV(A)
2240 MAT C=B#A
2250 LET S=0
2260 FOR I=1 TO M STEP 1
2270 LET F=0
2280 FOR J=1 TO M STEP 1
2290 LET F=F+C(J,1)*X(I)+C(J,2)
2300 NEXT J
2310 LET D=Y(I)-F
2320 LET S=S+D*F2
2330 NEXT I
2340 RETURN

```

```

*****
*   FORMATIERTES          0.... = Zeilenr. mit Sprunganweisung,
*   LISTEN                steht am Sprungziel,
*   -----
*   Bei 'LINE OVERFLOW' Restzeichenausgabe
*   rechtsbündig; hierbei werden " ;",
*   als Trennzeichen in der angegebenen
*   Priorität benutzt.
*
*****

```

PROGRAMM P E E L 2 Ausdruck vom 24.11.85

 |||||
 |||||

Seite - 1

```

5000 REM *** STEUERUNG ***           0270
5100 READ 3,09 EOF 3250
5200 SCRAMCH 4
5300 LET N1=N2+0
5400 READ 3,11 IF EOF 5130          0500H
5500 WRITE 4,16
5600 LET N2=N2+1
5700 IF 1=N1 THEN 5090
5800 GOTO 5090
5900 READ 3,1 EOF 5130              05070 05120
6100 WRITE 4,1
6200 LET N1=N1+1
6300 GOTO 5090
6400 RESTORE 4                      05040 05050
6500 SCRAMCH 3
6600 FOR J=1 TO N2 STEP 1
6700 READ 4,16
6800 WRITE 3,16
6900 NEXT J
7100 FOR J=1 TO N1 STEP 1
7200 READ 4,1
7300 WRITE 3,1
7400 NEXT J
7500 DISP 16
7600 CHAIN 118
7700 END                               05100

```

```

0002 REM ***** PEEL2 *****
0004 REM      -----
0006 REM
0008 REM PEELING FUER SUMME AUS 2 E-FUNKTIONEN

0009 REM
0010 REM

```

```
0012 REN .....
0014 FILES +PLDATA:+FLKHF
0016 DCL BB (18,U19,U29)
0018 LET MB=0
0020 SCRATCH :2
0022 RESTORE :1
```

```
0024 REM ***      076
0026 READ :1,10,10,10,10 EOF 9000
0028 FOR I=1 TO 25 STEP 1
0030 READ :1,X
```

0036 REM *** FM READ VERTEPAARE ***
UNKN DEF FMR

ENDE PROGRAMM FILPOL *****

PROGRAMM PEEL2 24.11.85

Seite - 2 -

PROGRAMM PEEL2 24.11.85

Seite - 3 -

```
0040 READ 1,U29,M,19,14,10
0042 FOR I=1 TO M STEP 1
0044 READ 1,T(C(I),C(I))
0046 NEXT I
0048 ON T0 GOTO 30,36
0050 FOR I=1 TO 26 STEP 1
0052 READ 1,I,J
0054 NEXT I
0056 READ 1,18,F,W
0058 LET FN=F
0060 FREQ=
```

0062 REM *** FREQD ***

```
0064 REM *** COSUB 180 4 WRITE 9 =FLKF ***** 876
0066 IF FN<34 THEN 74
0067 ON T0 GOTO 74,66
0068 COSUB 180
0070 LET M=M+1
0072 WRITE 2,82,B0,B1,C0,C2,U1,-U2,U3,-U4
```

```
0074 REM *** FORTSETZUNG *** 866 867
0076 ON F W GOTO 24,64
0078 STOP
0080 REM BEGIN PEELING
0082 REM WEICHTING 7 -- I(1)=C(1) IN 197, 0/I(1) IN 5210
0084 ON C(30),I(350),I(350)
0086 ON SC(M-4)+1 GOTO 193,196
0088 RETURN
0090 COSUB 6000
0092 FOR I=1 TO M STEP 1
0094 LET I(1)=C(1)
0096 NEXT I
0098 REM INITIAL PARAM.-ESTIMATES BY 'PEELING'
0100 DISP "PEELING"
0102 LET B2=C2=0
0104 FOR I=1 TO M STEP 1
0106 IF C(1)=0 THEN 5000
0108 LET C2=C2+1
0110 LET C(1)=1/C2
0112 NEXT I
0114 LET M1=1
0116 LET C0=9.999999999999999
0118 LET A3=A4=A5=A6=B0=0
0120 LET T=9E99
0122 LET M2=M1+1
0124 FOR I=1 TO M STEP 1
0126 IF T=0 THEN 5036
0128 IF T=0 THEN 5036
0130 LET T=T(I)
```

```
5033 LET B0=B0+1
5036 LET C=LOG(C(1))
5038 LET A3=A3+T(I)+C
5040 LET A4=A4+T(I)
5042 LET A5=A5+C
5044 LET A6=A6+T(I)+2
5046 NEXT I
5048 IF B0<2 THEN 5270
5050 LET A7=A7+M2
5052 LET A8=A8+M2
5054 LET A9=A9+M2/2
5056 LET A10=A10+M2/2
5058 LET A11=A11+M2/2
5060 LET A12=A12+M2/2
5062 LET A13=A13+M2/2
5064 LET A14=A14+M2/2
5066 LET A15=A15+M2/2
5068 LET A16=A16+M2/2
5070 LET A17=A17+M2/2
5072 LET A18=A18+M2/2
5074 LET A19=A19+M2/2
5076 LET A20=A20+M2/2
5078 LET A21=A21+M2/2
5080 LET A22=A22+M2/2
5082 LET A23=A23+M2/2
5084 LET A24=A24+M2/2
5086 LET A25=A25+M2/2
5088 LET A26=A26+M2/2
5090 LET A27=A27+M2/2
5092 LET A28=A28+M2/2
5094 LET A29=A29+M2/2
5096 LET A30=A30+M2/2
5098 LET A31=A31+M2/2
5100 LET A32=A32+M2/2
5102 LET A33=A33+M2/2
5104 LET A34=A34+M2/2
5106 LET A35=A35+M2/2
5108 LET A36=A36+M2/2
5110 LET A37=A37+M2/2
5112 LET A38=A38+M2/2
5114 LET A39=A39+M2/2
5116 LET A40=A40+M2/2
5118 LET A41=A41+M2/2
5120 LET A42=A42+M2/2
5122 LET A43=A43+M2/2
5124 LET A44=A44+M2/2
5126 LET A45=A45+M2/2
5128 LET A46=A46+M2/2
5130 LET A47=A47+M2/2
5132 LET A48=A48+M2/2
5134 LET A49=A49+M2/2
5136 LET A50=A50+M2/2
5138 LET A51=A51+M2/2
5140 LET A52=A52+M2/2
5142 LET A53=A53+M2/2
5144 LET A54=A54+M2/2
5146 LET A55=A55+M2/2
5148 LET A56=A56+M2/2
5150 LET A57=A57+M2/2
5152 LET A58=A58+M2/2
5154 LET A59=A59+M2/2
5156 LET A60=A60+M2/2
5158 LET A61=A61+M2/2
5160 LET A62=A62+M2/2
5162 LET A63=A63+M2/2
5164 LET A64=A64+M2/2
5166 LET A65=A65+M2/2
5168 LET A66=A66+M2/2
5170 LET A67=A67+M2/2
5172 LET A68=A68+M2/2
5174 LET A69=A69+M2/2
5176 LET A70=A70+M2/2
5178 LET A71=A71+M2/2
5180 LET A72=A72+M2/2
5182 LET A73=A73+M2/2
5184 LET A74=A74+M2/2
5186 LET A75=A75+M2/2
5188 LET A76=A76+M2/2
5190 LET A77=A77+M2/2
5192 LET A78=A78+M2/2
5194 LET A79=A79+M2/2
5196 LET A80=A80+M2/2
5198 LET A81=A81+M2/2
5200 LET A82=A82+M2/2
5202 LET A83=A83+M2/2
5204 LET A84=A84+M2/2
5206 LET A85=A85+M2/2
5208 LET A86=A86+M2/2
5210 LET A87=A87+M2/2
5212 LET A88=A88+M2/2
5214 LET A89=A89+M2/2
5216 LET A90=A90+M2/2
5218 LET A91=A91+M2/2
5220 LET A92=A92+M2/2
5222 LET A93=A93+M2/2
5224 LET A94=A94+M2/2
5226 LET A95=A95+M2/2
5228 LET A96=A96+M2/2
5230 LET A97=A97+M2/2
5232 LET A98=A98+M2/2
5234 LET A99=A99+M2/2
5236 LET A100=A100+M2/2
5238 LET A101=A101+M2/2
5240 LET A102=A102+M2/2
5242 LET A103=A103+M2/2
5244 LET A104=A104+M2/2
5246 LET A105=A105+M2/2
5248 LET A106=A106+M2/2
5250 LET A107=A107+M2/2
5252 LET A108=A108+M2/2
5254 LET A109=A109+M2/2
5256 LET A110=A110+M2/2
5258 LET A111=A111+M2/2
5260 LET A112=A112+M2/2
5262 LET A113=A113+M2/2
5264 LET A114=A114+M2/2
5266 LET A115=A115+M2/2
5268 LET A116=A116+M2/2
5270 LET A117=A117+M2/2
5272 LET A118=A118+M2/2
5274 LET A119=A119+M2/2
5276 LET A120=A120+M2/2
5278 LET A121=A121+M2/2
5280 LET A122=A122+M2/2
5282 LET A123=A123+M2/2
5284 LET A124=A124+M2/2
5286 LET A125=A125+M2/2
5288 LET A126=A126+M2/2
5290 LET A127=A127+M2/2
5292 LET A128=A128+M2/2
5294 LET A129=A129+M2/2
5296 LET A130=A130+M2/2
5298 LET A131=A131+M2/2
5300 LET A132=A132+M2/2
5302 LET A133=A133+M2/2
5304 LET A134=A134+M2/2
5306 LET A135=A135+M2/2
5308 LET A136=A136+M2/2
5310 LET A137=A137+M2/2
5312 LET A138=A138+M2/2
5314 LET A139=A139+M2/2
5316 LET A140=A140+M2/2
5318 LET A141=A141+M2/2
5320 LET A142=A142+M2/2
5322 LET A143=A143+M2/2
5324 LET A144=A144+M2/2
5326 LET A145=A145+M2/2
5328 LET A146=A146+M2/2
5330 LET A147=A147+M2/2
5332 LET A148=A148+M2/2
5334 LET A149=A149+M2/2
5336 LET A150=A150+M2/2
5338 LET A151=A151+M2/2
5340 LET A152=A152+M2/2
5342 LET A153=A153+M2/2
5344 LET A154=A154+M2/2
5346 LET A155=A155+M2/2
5348 LET A156=A156+M2/2
5350 LET A157=A157+M2/2
5352 LET A158=A158+M2/2
5354 LET A159=A159+M2/2
5356 LET A160=A160+M2/2
5358 LET A161=A161+M2/2
5360 LET A162=A162+M2/2
5362 LET A163=A163+M2/2
5364 LET A164=A164+M2/2
5366 LET A165=A165+M2/2
5368 LET A166=A166+M2/2
5370 LET A167=A167+M2/2
5372 LET A168=A168+M2/2
5374 LET A169=A169+M2/2
5376 LET A170=A170+M2/2
5378 LET A171=A171+M2/2
5380 LET A172=A172+M2/2
5382 LET A173=A173+M2/2
5384 LET A174=A174+M2/2
5386 LET A175=A175+M2/2
5388 LET A176=A176+M2/2
5390 LET A177=A177+M2/2
5392 LET A178=A178+M2/2
5394 LET A179=A179+M2/2
5396 LET A180=A180+M2/2
5398 LET A181=A181+M2/2
5400 LET A182=A182+M2/2
5402 LET A183=A183+M2/2
5404 LET A184=A184+M2/2
5406 LET A185=A185+M2/2
5408 LET A186=A186+M2/2
5410 LET A187=A187+M2/2
5412 LET A188=A188+M2/2
5414 LET A189=A189+M2/2
5416 LET A190=A190+M2/2
5418 LET A191=A191+M2/2
5420 LET A192=A192+M2/2
5422 LET A193=A193+M2/2
5424 LET A194=A194+M2/2
5426 LET A195=A195+M2/2
5428 LET A196=A196+M2/2
5430 LET A197=A197+M2/2
5432 LET A198=A198+M2/2
5434 LET A199=A199+M2/2
5436 LET A200=A200+M2/2
5438 LET A201=A201+M2/2
5440 LET A202=A202+M2/2
5442 LET A203=A203+M2/2
5444 LET A204=A204+M2/2
5446 LET A205=A205+M2/2
5448 LET A206=A206+M2/2
5450 LET A207=A207+M2/2
5452 LET A208=A208+M2/2
5454 LET A209=A209+M2/2
5456 LET A210=A210+M2/2
5458 LET A211=A211+M2/2
5460 LET A212=A212+M2/2
5462 LET A213=A213+M2/2
5464 LET A214=A214+M2/2
5466 LET A215=A215+M2/2
5468 LET A216=A216+M2/2
5470 LET A217=A217+M2/2
5472 LET A218=A218+M2/2
5474 LET A219=A219+M2/2
5476 LET A220=A220+M2/2
5478 LET A221=A221+M2/2
5480 LET A222=A222+M2/2
5482 LET A223=A223+M2/2
5484 LET A224=A224+M2/2
5486 LET A225=A225+M2/2
5488 LET A226=A226+M2/2
5490 LET A227=A227+M2/2
5492 LET A228=A228+M2/2
5494 LET A229=A229+M2/2
5496 LET A230=A230+M2/2
5498 LET A231=A231+M2/2
5500 LET A232=A232+M2/2
5502 LET A233=A233+M2/2
5504 LET A234=A234+M2/2
5506 LET A235=A235+M2/2
5508 LET A236=A236+M2/2
5510 LET A237=A237+M2/2
5512 LET A238=A238+M2/2
5514 LET A239=A239+M2/2
5516 LET A240=A240+M2/2
5518 LET A241=A241+M2/2
5520 LET A242=A242+M2/2
5522 LET A243=A243+M2/2
5524 LET A244=A244+M2/2
5526 LET A245=A245+M2/2
5528 LET A246=A246+M2/2
5530 LET A247=A247+M2/2
5532 LET A248=A248+M2/2
5534 LET A249=A249+M2/2
5536 LET A250=A250+M2/2
5538 LET A251=A251+M2/2
5540 LET A252=A252+M2/2
5542 LET A253=A253+M2/2
5544 LET A254=A254+M2/2
5546 LET A255=A255+M2/2
5548 LET A256=A256+M2/2
5550 LET A257=A257+M2/2
5552 LET A258=A258+M2/2
5554 LET A259=A259+M2/2
5556 LET A260=A260+M2/2
5558 LET A261=A261+M2/2
5560 LET A262=A262+M2/2
5562 LET A263=A263+M2/2
5564 LET A264=A264+M2/2
5566 LET A265=A265+M2/2
5568 LET A266=A266+M2/2
5570 LET A267=A267+M2/2
5572 LET A268=A268+M2/2
5574 LET A269=A269+M2/2
5576 LET A270=A270+M2/2
5578 LET A271=A271+M2/2
5580 LET A272=A272+M2/2
5582 LET A273=A273+M2/2
5584 LET A274=A274+M2/2
5586 LET A275=A275+M2/2
5588 LET A276=A276+M2/2
5590 LET A277=A277+M2/2
5592 LET A278=A278+M2/2
5594 LET A279=A279+M2/2
5596 LET A280=A280+M2/2
5598 LET A281=A281+M2/2
5600 LET A282=A282+M2/2
5602 LET A283=A283+M2/2
5604 LET A284=A284+M2/2
5606 LET A285=A285+M2/2
5608 LET A286=A286+M2/2
5610 LET A287=A287+M2/2
5612 LET A288=A288+M2/2
5614 LET A289=A289+M2/2
5616 LET A290=A290+M2/2
5618 LET A291=A291+M2/2
5620 LET A292=A292+M2/2
5622 LET A293=A293+M2/2
5624 LET A294=A294+M2/2
5626 LET A295=A295+M2/2
5628 LET A296=A296+M2/2
5630 LET A297=A297+M2/2
5632 LET A298=A298+M2/2
5634 LET A299=A299+M2/2
5636 LET A300=A300+M2/2
5638 LET A301=A301+M2/2
5640 LET A302=A302+M2/2
5642 LET A303=A303+M2/2
5644 LET A304=A304+M2/2
5646 LET A305=A305+M2/2
5648 LET A306=A306+M2/2
5650 LET A307=A307+M2/2
5652 LET A308=A308+M2/2
5654 LET A309=A309+M2/2
5656 LET A310=A310+M2/2
5658 LET A311=A311+M2/2
5660 LET A312=A312+M2/2
5662 LET A313=A313+M2/2
5664 LET A314=A314+M2/2
5666 LET A315=A315+M2/2
5668 LET A316=A316+M2/2
5670 LET A317=A317+M2/2
5672 LET A318=A318+M2/2
5674 LET A319=A319+M2/2
5676 LET A320=A320+M2/2
5678 LET A321=A321+M2/2
5680 LET A322=A322+M2/2
5682 LET A323=A323+M2/2
5684 LET A324=A324+M2/2
5686 LET A325=A325+M2/2
5688 LET A326=A326+M2/2
5690 LET A327=A327+M2/2
5692 LET A328=A328+M2/2
5694 LET A329=A329+M2/2
5696 LET A330=A330+M2/2
5698 LET A331=A331+M2/2
5700 LET A332=A332+M2/2
5702 LET A333=A333+M2/2
5704 LET A334=A334+M2/2
5706 LET A335=A335+M2/2
5708 LET A336=A336+M2/2
5710 LET A337=A337+M2/2
5712 LET A338=A338+M2/2
5714 LET A339=A339+M2/2
5716 LET A340=A340+M2/2
5718 LET A341=A341+M2/2
5720 LET A342=A342+M2/2
5722 LET A343=A343+M2/2
5724 LET A344=A344+M2/2
5726 LET A345=A345+M2/2
5728 LET A346=A346+M2/2
5730 LET A347=A347+M2/2
5732 LET A348=A348+M2/2
5734 LET A349=A349+M2/2
5736 LET A350=A350+M2/2
5738 LET A351=A351+M2/2
5740 LET A352=A352+M2/2
5742 LET A353=A353+M2/2
5744 LET A354=A354+M2/2
5746 LET A355=A355+M2/2
5748 LET A356=A356+M2/2
5750 LET A357=A357+M2/2
5752 LET A358=A358+M2/2
5754 LET A359=A359+M2/2
5756 LET A360=A360+M2/2
5758 LET A361=A361+M2/2
5760 LET A362=A362+M2/2
5762 LET A363=A363+M2/2
5764 LET A364=A364+M2/2
5766 LET A365=A365+M2/2
5768 LET A366=A366+M2/2
5770 LET A367=A367+M2/2
5772 LET A368=A368+M2/2
5774 LET A369=A369+M2/2
5776 LET A370=A370+M2/2
5778 LET A371=A371+M2/2
5780 LET A372=A372+M2/2
5782 LET A373=A373+M2/2
5784 LET A374=A374+M2/2
5786 LET A375=A375+M2/2
5788 LET A376=A376+M2/2
5790 LET A377=A377+M2/2
5792 LET A378=A378+M2/2
5794 LET A379=A379+M2/2
5796 LET A380=A380+M2/2
5798 LET A381=A381+M2/2
5800 LET A382=A382+M2/2
5802 LET A383=A383+M2/2
5804 LET A384=A384+M2/2
5806 LET A385=A385+M2/2
5808 LET A386=A386+M2/2
5810 LET A387=A387+M2/2
5812 LET A388=A388+M2/2
5814 LET A389=A389+M2/2
5816 LET A390=A390+M2/2
5818 LET A391=A391+M2/2
5820 LET A392=A392+M2/2
5822 LET A393=A393+M2/2
5824 LET A394=A394+M2/2
5826 LET A395=A395+M2/2
5828 LET A396=A396+M2/2
5830 LET A397=A397+M2/2
5832 LET A398=A398+M2/2
5834 LET A399=A399+M2/2
5836 LET A400=A400+M2/2
5838 LET A401=A401+M2/2
5840 LET A402=A402+M2/2
5842 LET A403=A403+M2/2
5844 LET A404=A404+M2/2
5846 LET A405=A405+M2/2
5848 LET A406=A406+M2/2
5850 LET A407=A407+M2/2
5852 LET A408=A408+M2/2
5854 LET A409=A409+M2/2
5856 LET A410=A410+M2/2
5858 LET A411=A411+M2/2
5860 LET A412=A412+M2/2
5862 LET A413=A413+M2/2
5864 LET A414=A414+M2/2
5866 LET A415=A415+M2/2
5868 LET A416=A416+M2/2
5870 LET A417=A417+M2/2
5872 LET A418=A418+M2/2
5874 LET A419=A419+M2/2
5876 LET A420=A420+M2/2
5878 LET A421=A421+M2/2
5880 LET A422=A422+M2/2
5882 LET A423=A423+M2/2
5884 LET A424=A424+M2/2
5886 LET A425=A425+M2/2
5888 LET A426=A426+M2/2
5890 LET A427=A427+M2/2
5892 LET A428=A428+M2/2
5894 LET A429=A429+M2/2
5896 LET A430=A430+M2/2
5898 LET A431=A431+M2/2
5900 LET A432=A432+M2/2
5902 LET A433=A433+M2/2
5904 LET A434=A434+M2/2
5906 LET A435=A435+M2/2
5908 LET A436=A436+M2/2
5910 LET A437=A437+M2/2
5912 LET A438=A438+M2/2
5914 LET A439=A439+M2/2
5916 LET A440=A440+M2/2
5918 LET A441=A441+M2/2
5920 LET A442=A442+M2/2
5922 LET A443=A443+M2/2
5924 LET A444=A444+M2/2
5926 LET A445=A445+M2/2
5928 LET A446=A446+M2/2
5930 LET A447=A447+M2/2
5932 LET A448=A448+M2/2
5934 LET A449=A449+M2/2
5936 LET A450=A450+M2/2
5938 LET A451=A451+M2/2
5940 LET A452=A452+M2/2
5942 LET A453=A453+M2/2
5944 LET A454=A454+M2/2
5946 LET A455=A455+M2/2
5948 LET A456=A456+M2/2
5950 LET A457=A457+M2/2
5952 LET A458=A458+M2/2
5954 LET A459=A459+M2/2
5956 LET A460=A460+M2/2
5958 LET A461=A461+M2/2
5960 LET A462=A462+M2/2
5962 LET A463=A463+M2/2
5964 LET A464=A464+M2/2
5966 LET A465=A465+M2/2
5968 LET A466=A466+M2/2
5970 LET A467=A467+M2/2
5972 LET A468=A468+M2/2
5974 LET A469=A469+M2/2
5976 LET A470=A470+M2/2
5978 LET A471=A471+M2/2
5980 LET A472=A472+M2/2
5982 LET A473=A473+M2/2
5984 LET A474=A474+M2/2
5986 LET A475=A475+M2/2
5988 LET A476=A476+M2/2
5990 LET A477=A477+M2/2
5992 LET A478=A478+M2/2
5994 LET A479=A479+M2/2
5996 LET A480=A480+M2/2
5998 LET A481=A481+M2/2
6000 LET A482=A482+M2/2
6002 LET A483=A483+M2/2
6004 LET A484=A484+M2/2
6006 LET A485=A485+M2/2
6008 LET A486=A486+M2/2
6010 LET A487=A487+M2/2
6012 LET A488=A488+M2/2
6014 LET A489=A489+M2/2
6016 LET A490=A490+M2/2
6018 LET A491=A491+M2/2
6020 LET A492=A492+M2/2
6022 LET A493=A493+M2/2
6024 LET A494=A494+M2/2
6026 LET A495=A495+M2/2
6028 LET A496=A496+M2/2
6030 LET A497=A497+M2/2
6032 LET A498=A498+M2/2
6034 LET A499=A499+M2/2
6036 LET A500=A500+M2/2
6038 LET A501=A501+M2/2
6040 LET A502=A502+M2/2
6042 LET A503=A503+M2/2
6044 LET A504=A504+M2/2
6046 LET A505=A505+M2/2
6048 LET A506=A506+M2/2
6050 LET A507=A507+M2/2
6052 LET A508=A508+M2/2
6054 LET A509=A509+M2/2
6056 LET A510=A510+M2/2
6058 LET A511=A511+M2/2
6060 LET A512=A512+M2/2
6062 LET A513=A513+M2/2
6064 LET A514=A514+M2/2
6066 LET A515=A515+M2/2
6068 LET A516=A516+M2/2
6070 LET A517=A517+M2/2
6072 LET A518=A518+M2/2
6074 LET A519=A519+M2/2
6076 LET A520=A520+M2/2
6078 LET A521=A521+M2/2
6080 LET A522=A522+M2/2
6082 LET A523=A523+M2/2
6084 LET A524=A524+M2/2
6086 LET A525=A525+M2/2
6088 LET A526=A526+M2/2
6090 LET A527=A527+M2/2
6092 LET A528=A528+M2/2
6094 LET A529=A529+M2/2
6096 LET A530=A530+M2/2
6098 LET A531=A531+M2/2
6100 LET A532=A532+M2/2
6102 LET A533=A533+M2/2
6104 LET A534=A534+M2/2
6106 LET A535=A535+M2/2
6108 LET A536=A536+M2/2
6110 LET A537=A537+M2/2
6112 LET A538=A538+M2/2
6114 LET A539=A539+M2/2
6116 LET A540=A540+M2/2
6118 LET A541=A541+M2/2
6120 LET A542=A542+M2/2
6122 LET A543=A543+M2/2
6124 LET A544=A544+M2/2
6126 LET A545=A545+M2/2
6128 LET A546=A546+M2/2
6130 LET A547=A547+M2/2
6132 LET A548=A548+M2/2
6134 LET A549=A549+M2/2
6136 LET A550=A550+M2/2
6138 LET A551=A551+M2/2
6140 LET A552=A552+M2/2
6142 LET A553=A553+M2/2
6144 LET A554=A554+M2/2
6146 LET A555=A555+M2/2
6148 LET A556=A556+M2/2
6150 LET A557=A557+M2/2
6152 LET A558=A558+M2/2
6154 LET A559=A559+M2/2
6156 LET A560=A560+M2/2
6158 LET A561=A561+M2/2
6160 LET A562=A562+M2/2
6162 LET A563=A563+M2/2
6164 LET A564=A564+M2/2
6166 LET A565=A565+M2/2
6168 LET A566=A566+M2/2
6170 LET A567=A567+M2/2
6172 LET A568=A568+M2/2
6174 LET A569=A569+M2/2
6176 LET A570=A570+M2/2
6178 LET A571=A571+M2/2
6180 LET A572=A572+M2/2
6182 LET A573=A573+M2/2
6184 LET A574=A574+M2/2
6186 LET A575=A575+M2/2
6188 LET A576=A576+M2/2
6190 LET A577=A577+M2/2
6192 LET A578=A578+M2/2
6194 LET A579=A579+M2/2
6196 LET A580=A580+M2/2
6198 LET A581=A581+M2/2
6200 LET A582=A582+M2/2
6202 LET A583=A583+M2/2
6204 LET A584=A584+M2/2
6206 LET A585=A585+M2/2
6208 LET A586=A586+M2/2
6210 LET A587=A587+M2/2
6212 LET A588=A588+M2/2
6214 LET A589=A589+M2/2
6216 LET A590=A590+M2/2
6218 LET A591=A591+M2/2
6220 LET A592=A592+M2/2
6222 LET A593=A593+M2/2
6224 LET A594=A594+M2/2
6226 LET A595=A595+M2/2
6228 LET A596=A596+M2/2
6230 LET A597=A597+M2/2
6232 LET A598=A598+M2/2
6234 LET A599=A599+M2/2
6236 LET A600=A600+M2/2
6238 LET A601=A601+M2/2
6240 LET A602=A602+M2/2
6242 LET A603=A603+M2/2
6244 LET A604=A604+M2/2
6246 LET A605=A605+M2/2
6248 LET A606=A606+M2/2
6250 LET A607=A
```

PROGRAMM FITEF 2 24.11.85

Seite - 2 -

PROGRAMM F11EF2 24.11.85

Seite - 3 -

```

0040 READ 1,UZ,N,13,18,10
0041 TO TO COTO 56,42
0042 FOR I=1 TO 2 STEP 1      #41
0044 READ -1,C1,C2,C11
0046 NEXT I
0048 COTO 56
0050 FOR I=1 TO 2*H+26 STEP 1  #41
0052 READ I,J
0054 IF I<2*H+2H THEN 55
0056 WRITE 2,J
0058 NEXT I      #53
0060 READ -1,S,F,T      #40
0062 LET F=F+T
0064 FEND
0066 REM *** FEND ***

```

```
0054 REM *** COSUB 160 & WRITE > PLDRT4 ***** 002
0066 IF FNR(>4) THEN 80
0067 ON T6 GOTO 80,68
0068 COSUB 160 067
0070 LET NU=NU+1
0072 WRITE 2,Z0,M0,M7,M6,M5,P9,E9,S0,M,M
0074 FOR I=1 TO M STEP 1
0076 WRITE 2,U(I,1),O(I),V(I),K(I)
0078 NEXT I
```

```
0080 REM *** FORTSETZUNG ***      066 067
0082 OM F0 LOTO 24.64
0084 STOP
0100 REM BEGIN REGRESSION      068
0110 REM WEIGHTING ? -- I(I)=C(I) IN 197, 0/I(I) IN
                                1030,2050,2250,22
```

```

0140 DIM
      U(4,1),U(4,2),U(4,3),X(4,1),Y(4,1),D(4,30),G(4,4),
      L(4,4),
0150 DIM J(4,4),P(4,4),I(30)
0160 RESTORE
0170 DATA 4,1E-6,1E-9,1000,10,.01
0175 READ M,D9,D5,IN,NS,E9
0176 FOR I=1 TO M STEP 1
0177 LET J(I,1)=0:U(I)=I*(I+1)*E9
0178 NEXT I
0180 ON SCN(M-N)+1 GOTO 193,196
0185 GOSUB 1900
0190 RETURN

```

```

0155 COSUB 6800      #180
0156 FOR I=1 TO M STEP 1      #180
0157 LET C13=C11
0158 NEXT I
0200 MAT Z=ZER(N,1)
0210 MAT F=ZER(N,M,1)
0220 MAT U=ZER(N,1)
0230 MAT Q=ZER(N,1)
0250 MAT W=ZER(N,1)
0260 MAT X=ZER(N,1)
0270 MAT Y=ZER(N,1)
0280 COSUB 5800
0285 IF B2=1 THEN 290
0286 REM RETURN
0290 REM ESTABLISHING THE PARAMETER SPACE LIMIT VECTORS
1205
0300 FOR I=1 TO M STEP 1
0310 LET R(1)=U(1,1)*10
0320 LET R(1+N)=10*(1,1)
0330 NEXT I
0335 PRINT U16,U28
0340 PRINT "*****ESTIMATES FOR THE ITERATIONS*****"
0350 PRINT "M="M,"N="N,"B="B,"C="C
0360 LET Z0=N*B+M*N=0
0365 LET P99=-9999
0370 REM BEGIN OF ITERATION
0380 LET Z0=Z0+1      01110 01925
0385 DISP "ITERATION":Z0
0400 LET C1=5
0410 REM CORRECTION VECTOR BY GAUSS-NEWTOM
0440 COSUB 2800
0445 IF Z001 THEN 450
0445 PRINT U1,12,U2,12,U3,12,U4,12,Q0
0450 LET S0=S11=00      0444
0460 MAT U=U1
0470 IF S(1)<0 THEN 1170
0480 COSUB 2200
0490 MAT B=ZER(N,1)
0500 MAT D=ZER(N,M)
0510 MAT G=ZER(N,M)
0520 MAT H=ZER(N,M)
0530 MAT L=ZER(N,M)
0540 MAT T=TRN(A)
0550 MAT C=D*W
0560 COSUB 8000
0565 IF S1=0 THEN 570
0562 LET H6=H6+1
0564 LET Z0=Z0+1
0565 LET H0=S0*(M-N)
0566 FOR I=1 TO M STEP 1
0567 LET U(1)=U(1,1)+H0
0568 NEXT I

```

PROGRAMM FITEF2 24.11.85

Seite - 4 -

PROGRAMM F1TEF2 24.11.85

Seite - 5 -

```

0560  ON SGN(16*20-H1)+2  GOTO 1300,1300,1935
0570  MAT H=L+D      8561
0580  MAT B=H+E
0590  COSUB 3000
0600  LET Z=0
0610  REM IMPROVE CORRECTION-VECTOR BY HARTLEY'S
0620  LET Z=29+9
0630  DO 10 "ITERATION":20,"HARTLEY":29
0640  FOR I=1 TO M STEP 1
0650  LET UC(1,1)+0(1,1)+C1+0(1,1)
0660  NEXT I
0670  MAT X=U
0680  COSUB 2000
0690  LET S(2)+0
0700  IF S(2)<0 THEN 1170
0710  FOR I=1 TO M STEP 1
0720  LET UC(1,1)+0(1,1)+2+C1+0(1,1)
0730  NEXT I
0740  MAT X=U
0750  COSUB 2000
0760  LET S(3)+0
0770  IF S(3)<0 THEN 1170
0780  ON SGN(S(3))-2+5(1)+5(1)+2  GOTO 790,790,010
0790  LET U=Z      8700 8700
0800  GOTO 830
0810  LET S(4)+5*(S(1)-S(3))+4*(S(3))-2+5(2)+5(1)+3
0820  MAT B=(U)+0      8800
0830  COSUB 3000
0840  MAT U=0
0850  MAT Y=U
0860  COSUB 2000
0870  LET S(4)+0
0880  IF S(4)<0 THEN 1170
0890  REM SELECT POINT WITH SMALLEST SUM OF SQUARES
0900  LET D1=S(1)-5(4)
0910  ON SGN(D1)+2  GOTO 930,930,950
0920  LET D1=S(1)-5(2)      930 930 930
0930  ON SGN(D1)+2  GOTO 950,950,970
0940  LET D1=S(3)-5(4)      950
0950  ON SGN(D1)+5(3)      950 850 850
0960  ON SGN(D1)+2  GOTO 1040,1040,1070
0970  LET D1=S(1)-5(3)      950 950 950
0980  ON SGN(D1)+2  GOTO 1120,1120,1070
0990  LET D1=S(4)-5(2)      950
1000  LET S0=S(4)
1010  IF D1<0 THEN 1090
1020  MAT U=U      950 950
1030  LET S0=S(4)
1040  GOTO 1090
1050  MAT U=X      950 01000
1060  LET S0=S(3)

```

```

1030 LET PS=(5(1)-50)/5(1)      81030 81060
1100 ON SCH(P9-50) GOTO 1170,1170,1110
1110 ON SCH(P9-29) GOTO 1170,1170,1300 81100
1130 MAT U=0 81000 81000
1140 ON SCH(15-29) GOTO 1170,1170,1160
1160 LET C16,25=C1 81130
1170 GOTO 628
1170 REM END OF ITERATION      8670 8700 8770 8958 81100
                                81100 81110 81110 81138 81130

1171 REM COSUB STATISTICS
1173 GOSUB 3200
1180 REM CHECK FOR MULTIPLE MINIMA      8569 8569
1181 LET MB=MB+1
1183 LET S9=S0
1183 LET LB=L1
1190 PRINT "LOCAL SEARCH:" MB;" ITER:"20;" COMU ="",P9;
1211 IF S9=0 THEN GOTO 1214
1212 PRINT =SING,MAT=NB;" DET ="#D;
1214 PRINT = LB =0;" U(2,1)=U(3,1)=U(4,1)=0
1215 PRINT U(1,1),U(2,1),U(3,1),U(4,1),S0
1220 LET PB=P9=0
1225 MAT X=U
1230 FOR J=1 TO 180 STEP 1
1233 DISP "J="J;" S="S9;" P="P0;" SB="";S0:P9
1234 FOR I=1 TO M STEP 1
1242 LET S(I)=U(I,1)+C(I,P0)
1243 IF U(I,1)=S999 THEN GOTO 1238
1244 LET S(I)=U(I,1)+C(I,P)
1250 NEXT I 81242
1260 FOR I=1=1 TO 4 STEP 1/L0
1405 LET U(I,1)=X(I,1)+1*(1+5*(1
1410 IF U(I,1)<=0 THEN 1890
1260 FOR I=2=1 TO 4 STEP 1/L0
1505 LET U(2,1)=X(2,1)+1*(2+5*(2
1510 IF U(2,1)<=0 THEN 1805
1260 FOR I=3=1 TO 4 STEP 1/L0
1605 LET U(3,1)=X(3,1)+1*(3+5*(3
1610 IF U(3,1)<=0 THEN 1800
1700 FOR I=4=1 TO 4 STEP 1/L0
1705 LET U(4,1)=X(4,1)+1*(4+5*(4
1710 IF U(4,1)<=0 THEN 1875
1800 LET Q9=0
1805 FOR I=1 TO M STEP 1
1806 LET AB=U(2,1)+T(1)
1807 LET R1=U(4,1)+T(1)
1800 IF (AB>T10) OR (U(1,1)+1<=4) THEN 1875
1809 IF (R1>T10) OR (U(3,1)+1<=4) THEN 1875
1810 LET AB=U(1,1)+T(1)
1815 LET R1=U(3,1)+T(1)
1820 LET F1=F1+AB+R1
1825 IF AB<F1 OR R1<F1 THEN GOTO 1805
1830 LET Q9=Q9+(C(I,1)-C(I,1))12

```


PROGRAMM PLOT0 24.11.83

Seite - 4 -

PROGRAMM PLOT0 24.11.83

Seite - 3 -

```

2560 BUILD USING 120,110,0 02520
2570 GOTO 2590
2580 BUILD USING 2200,110,0 02390 02400 02410
2590 LET 18(1)=REP8(REP8(18),"",,,,1,1),,1,8E7,"E",1,1)
2600 NEXT I 02450 02490 02570

```

```

2501 WRITE :3,X,Y1-B1+M1,Y1-(H9-B1+G)+N2
2510 REM CPlot 110,X
2511 WRITE :3,110
2520 NEXT I 02790 02820
2525 WRITE :3,9E99,9E99

```

```

2930 REM *** ZUSATZ LOC.ACHSE
2940 ON LB COTO 3100,2950,2950
2950 DATA 2,2,3,3,4,,"-5,5,6," "-7,7,8," "-9," " 02940
2950

```

```

2960 FOR J=M3-1 TO M4+1 STEP 1
2970 RESTORE
2971 READ I,I,I,I
2980 FOR I=1 TO 0 STEP 1
2990 READ I,I,I
3000 LET X=LC(I(1)+J
3010 IF (X<X1) OR (X>X2) THEN 3060
3020 REM MOVE X,Y1
3021 WRITE :3,X,Y1

```

```

3030 REM PLOT X,Y1-B1+M1,3+N2
3031 WRITE :3,X,Y1-B1+M1,3+N2

```

```

3040 REM MOVE X-B9+3,M1,Y1-(B1+3*M9)+N2
3041 WRITE :3,X-B9+3,M1,Y1-(B1+3*M9)+N2
3050 REM CPlot 110,X
3051 IF A-J3+0=M1 THEN 3053
3052 LET 110=""
3053 WRITE :3,110 03051
3060 NEXT I 03010
3070 NEXT J
3075 WRITE :3,9E99,9E99

```

```

3080 REM *** FN KLEINBUCHST. NACH GROSSBUCHST. *****
3090 DEF FNK(I)=1
3091 DCL 32 FN=M
3092 IF I="" THEN 3100
3100 CONVERT I TO I LENGTH L
3110 FOR I=1 TO L STEP 1
3120 IF (I(1)<97) OR (I(1)>122) THEN 3140
3130 LET I(1)=I(1)-32
3140 NEXT I 03120
3150 CONVERT I TO I LENGTH L
3160 LET FN=M+10 03092
3170 FNEND

```

```

3180 REM *** TEXT ACHSEN *** 02940

```

```

2610 REM *** CPlot MARK,
2620 FOR I=1 TO 1 STEP 1
2630 IF 18(I)="" THEN 2730
2640 LET X=X3+(I-1)*T1
2650 REM MOVE X,Y1
2651 WRITE :3,X,Y1

2660 REM PLOT X,Y1-B1+G+N2
2661 WRITE :3,X,Y1-B1+G+N2
2670 LET 110=18(I)
2680 LET J=SCN(110,"E",1,1)
2690 ON J+1 COTO 2730,2720
2700 LET 110=EXT8(110,1,J-1)+*10**
2710 COTO 2730
2720 LET 110="" 02690

```

```

2730 REM MOVE X=LEN(110)/2+0.1*M1,Y1-(H1-B1+G)+N2 02690
2731 WRITE :3,X=LEN(110)/2+0.1*M1,Y1-(H1-B1+G)+N2 02710
2740 REM CPlot 110
2741 WRITE :3,110
2750 NEXT I 02630
2755 WRITE :3,9E99,9E99

```

```

2760 REM *** CPlot EXP
2770 REM CSIZE 09,H9,0
2780 FOR I=1 TO 1 STEP 1
2790 IF 18(I)="" THEN 2920
2800 LET 110=18(I)
2810 LET J=SCN(110,"E",1,1)
2820 ON J+1 COTO 2920
2830 LET 110=EXT8(110,J+1,LEN(110))
2840 LET 110=REP8(110,"0",,,,1,1)
2850 LET 110=REP8(110,"0",,,,1,1)
2860 LET X=X3+(I-1)*T1
2870 LET J+1
2880 ON J COTO 2900
2890 LET J=LEN(110)-1/2

```

```

2900 REM MOVE X=J+B1+M1,Y1-(H9+B1+G)+N2 02800

```

PROGRAMM PLOT0 24.11.83

Seite - 6 -

```

3190 RESTORE
3191 FOR I=1 TO 20 STEP 1
3192 READ -1
3193 NEXT I
3200 DATA -25,-23
3201 READ 01,M1
3210 REM CSIZE 01,M1,0
3211 WRITE :3,01,M1
3220 LET X=REP8(X0,T00,X10,1,1)

```

```

3230 REM MOVE X2=LEN(X0)+0.1+*0
3231 WRITE :3,X2=LEN(X0)+0.1+*0
3240 REM CPlot FNC(X0)
3241 WRITE :3,FNC(X0)
3250 REM CSIZE 01,M1,1/2
3270 LET Y=REP8(Y0,T00,Y10,1,1)

```

```

3280 REM MOVE X0=M1+G+M1-1,LEN(Y0)+0.1+*0
3281 WRITE :3,X0=M1+G+M1-1,LEN(Y0)+0.1+*0
3290 REM CPlot FNC(Y0),2
3291 WRITE :3,FNC(Y0)
3300 RETURN

```

```

5000 REM *** STEUERUNG *** 0110
5010 READ :2,UB EOF 5250
5020 SCHNACH 4
5030 LET M1=M2+0
5040 READ :2,10 EOF 5130 05000
5050 WRITE :4,10
5060 LET M2=M2+1
5070 IF 10="" THEN 5090
5080 COTO 5060
5090 READ :2,10 EOF 5130 05070 05120
5100 WRITE :4,1
5110 LET M1=M1+1
5120 COTO 5090
5130 RESTORE 4 05040 05090
5140 SCHNACH 2
5150 FOR J=1 TO M2 STEP 1
5160 READ :4,10
5170 WRITE :2,10
5180 NEXT J
5190 FOR J=1 TO M1 STEP 1
5200 READ :4,1
5210 WRITE :2,1
5220 NEXT J
5230 DISP UB
5240 CMBIN UB
5250 END 05010

```

```

*****
* FORMATIERTES B... = Zeilennr. mit Sprunganweisung, *
* LISTEN: steht am Sprungziel. *
* Bei "LINE OVERFLOW" Restzeichenausgabe *
* rechtsbündig, hierbei werden " 2)" *
* als Trennzeichen in der angegebenen *
* Priorität benutzt, *
*****

```

```

PROGRAMM K N A R K Ausdrucken vom 24.11.83
*****
Seite - 1 -

```

```

0010 REM ***** KNARK *****
0020 REM
0030 REM
0040 REM MARKIERT DIE EINZELNEN KURVEN

0050 REM *****
0060 DIM A(2,250), C(10), E(16), F(3,250)
0070 DCL 00(10,00), 32(00,10,70,10)
0080 FILES
0090 *PLDAT1; *RETURN; *PLDAT1; *PLDAT2; *PLDAT3; *PLDAT4; *PLKMF
0105 SCATCH :3
0114 LET A=0

0100 REM *** 0730
0110 READ :1,X,UB,X0,X1,X2,T1,Y1,Y2,T2 EOF 5000
0120 READ :10,M,A1,A2,01,02,A3,02,N2,A0,X9,M1,Y0,Y9,N2,X5,X6

0130 LET C=0
0140 LET A=0+1
0150 LET L=INT(X)
0155 DISP "BILD",00

0160 REM *** FN READ WERTEPARE ***
0170 DEF FN I,J
0180 READ :1,UB,X10,Y10,T0

```



```

*****
*
*   FORMATIERTES      8.... 8 Zeilennr. mit Sprunganweisung,
*   LISTEN.          *      wenn am Sprungziel.
*   -----          Bei "LINE OVERFLOW" Restzeichenausgabe
*   rechtebündig, hierbei werden " 3,"
*   als Trennzeichen in der angegebenen
*   Priorität benutzt.
*
*****

```

```

PROGRAMM XYPLOT      ZUSATZDRUCK vom 24.11.85
*****
Seite - 1 -

```

```

0010 REM ***** XYPLOT *****
0020 REM
0030 REM DIAGRAMM MIT LINEAREN OD. LOGAR. AXSEN
0040 REM
0050 REM *****
0060 DIM A2(150), C(10), I(32)
0070 DCL 90 (19.UB)
0080 FILES
      +PLDATA, +RETURN; +PLDATA; +PLDATA; +PLDATA2; +PLDATA3;
      +PLDATA4, +FLKMF
0090 LET RQ=0
0100 REM ***** 8725 8740
0110 REM "1.X.18.18.18.X1.X2.11.Y1.Y2.T2 EOF 6000
0120 REM
      1.0.H.A1.A2.01.02.A3.A2.H2.B3.H3.X0.X9.R1.Y0.Y9.A2.X3.
0130 LET C=0
0140 LET AB=00+1
0141 DISP "BILD",AB
0145 LET LI=INT(C/10)+1
0150 ON LI GOTO 152,151
0151 LET X=X-10 0150
0152 LET LI=INT(C/3) 0150
0153 LET TAB="USE TAB.1"
0160 GOTO 2040
0170 REM
0180 READ 3.81.H1.B9.H9
0190 CSIZE B1.H1.0
0200 FOR I=Y1 TO Y2 STEP T2
0210 READ 3.11.J1.10
0220 MOVE 11.J1
0230 CPLIT 16.2
0240 GOTO 2040
0250 REM
0260 YMX15 X3.T2/3.Y1.Y2 02041
0270 REM
0280 READ 3.81.H1.B9.H9
0290 CSIZE B1.H1.0
0300 FOR I=Y1 TO Y2 STEP T2
0310 READ 3.11.J1.10
0320 MOVE 11.J1
0330 CPLIT 16.2
0340 GOTO 2040
0350 REM
0360 MARK, XAXIS *****
0370 REM
0380 REM ***** CPLIT MARK.
0390 REM "3.11.J1 02690
0400 IF 11=9999 THEN 2760
0410 READ 3.12.J2.13.J3.10
0420 MOVE 11.J1
0430 CPLIT 16.2
0440 GOTO 2040
0450 REM
0460 REM ***** CPLIT ENP 02530
0470 CSIZE B1.H1.0
0480 READ 3.11.J1 02030
0490 IF 11=9999 THEN 2760
0500 READ 3.10
0510 MOVE 11.J1
0520 CPLIT 16.2
0530 GOTO 2760
0540 REM ***** ZUSATZ LOC.NCHSE 02790
0550 ON LB GOTO 3180,2950,2950
0560 READ 3.11.J1 02940 02940 02040
0570 IF 11=9999 THEN 3180
0580 READ 3.12.J2.13.J3.10
0590 MOVE 11.J1
0600 CPLIT 16.2

```

```

0160 REM ***** FM REOD WERTEPARE *****
0170 DEF FM I,J
0180 READ 1.18.M1.18.18.10
0190 FOR I=1 TO N STEP 1
0200 READ 1.41.F1.A(2.1)
0210 NEXT I
0211 ON T4 GOTO 212,220
0212 FOR I=1 TO 26 STEP 1 0211
0213 READ 1.J
0214 NEXT I
0220 READ 1.28.F.F9 0211
0230 LET F=M+1
0240 FHEOD

```

```
0250 REM ***** FHEOD *****
```

```

0500 REM ***** UEBERSCHRIFT *****
0505 ON LI GOTO 510,640
0510 READ 3.M 0505
0520 FOR I=1 TO X STEP 1
0530 READ 3.18
0540 PRINT I8
0550 NEXT I

```

```

0640 REM ***** COSUB KOORD.KREUZ 0505
0650 LET I=FHE
0655 ON LI GOTO 650,670
0660 COSUB 2000 0653

```

```

0670 REM ***** COSUB WERTE ZEICHNEN 0653 0710
0680 COSUB 4000

```

```

0690 REM ***** FORTSETZUNG *****
0710 ON INT(F9) GOTO 720,670

```

```

0720 REM ***** BILDZAUSGABE ***** 0710
0725 ON LI GOTO 730,100
0730 DISP 8725
0731 DRAW 0-0
0740 GOTO 100

```

```

2000 REM ***** SUB KOORD.KREUZ ***** 1669
2005 DISP "BILD",AB,"KOORD.-KREUZ"
2010 INTRAC "BILD.2

```

```

2020 FRAME 0.H
2030 SCALE X0.X9.Y0.Y9
2040 LET I=1
2050 ON LB GOTO 2036,2040,2051
2060 LET I=1/5 02035
2060 XMX15 Y1.1.X1.X2 02035 02057
2061 GOTO 2060
2065 CSIZE B2.H2.PI/2 02035
2070 MOVE X6+3.H2.H1.Y0
2080 CPLIT "CONTROL-3"
2090 GOTO 2040
2090 YMX15 X3.T2/3.Y1.Y2 02041
2100 READ 3.81.H1.B9.H9
2110 CSIZE B1.H1.0
2120 FOR I=Y1 TO Y2 STEP T2
2130 READ 3.11.J1.10
2140 MOVE 11.J1
2150 CPLIT 16.2
2160 GOTO 10
2170 NEXT I

```

```
2180 REM ***** MARK, XAXIS *****
```

```

2610 REM ***** CPLIT MARK.
2620 READ 3.11.J1 02690
2630 IF 11=9999 THEN 2760
2640 READ 3.12.J2.13.J3.10
2650 MOVE 11.J1
2660 CPLIT 16.2
2670 MOVE 13.J3
2680 CPLIT 16.2
2690 GOTO 2040

```

```

2760 REM ***** CPLIT ENP 02530
2770 CSIZE B1.H1.0
2780 READ 3.11.J1 02030
2790 IF 11=9999 THEN 2760
2800 READ 3.10
2810 MOVE 11.J1
2820 CPLIT 16.2
2830 GOTO 2760

```

```

2950 REM ***** ZUSATZ LOC.NCHSE 02790
2960 ON LB GOTO 3180,2950,2950
2970 READ 3.11.J1 02940 02940 02040
2980 IF 11=9999 THEN 3180
2990 READ 3.12.J2.13.J3.10
3000 MOVE 11.J1
3010 CPLIT 16.2

```

```

3000 MOVE 13.J3
3010 CPLIT 18
3020 GOTO 2950

```

```

3180 REM ***** TEXT AXSEN ***** 02940 02960
3200 READ 3.81.H1
3210 CSIZE B1.H1.0
3220 READ 3.11.J1.10
3230 FOR J=0 TO M2/70 STEP M2/70
3240 FOR I=0 TO M1/70 STEP M1/70
3250 MOVE 11.J1.J1
3260 CPLIT 16.2
3270 NEXT I
3280 NEXT J
3290 NEXT I
3300 NEXT J
3310 NEXT I
3320 NEXT J
3330 NEXT I
3340 NEXT J
3350 NEXT I
3360 RETURN

```

```

4000 REM ***** SUB WERTE ZEICHNEN ***** 0660
4010 ON SCRC(1) GOTO 4040
4020 LET C=C+1
4030 GOTO 4045
4040 LET C=C+FRM 04010
4045 ON LI GOTO 4050,550 04030
4050 DISP "BILD",AB,"TAB(16)";"KURVE";C 04045
4060 CSIZE B2.H2.8
4070 FOR I=1 TO N STEP 1
4081 LET Y=A(2.1)
4082 IF (Y<Y1) OR (Y>Y2) THEN 4170
4090 LET X=B(1.1)
4100 ON LB GOTO 4130,4104,4101
4101 IF X>0 THEN 4150 04100
4102 LET X=X6
4103 GOTO 4150
4104 IF X=0 THEN 4150 04100
4105 GOTO 4170
4110 LET X=CLC(X) 04101 04104
4130 IF (X<X1) OR (X>X2) THEN 4170
4150 IF 281="Y" THEN 4165 04103
4151 LET SF=100+Y1
4152 MOVE X-S.Y1
4153 CPLIT X-S.Y
4154 PLOT X-S.Y
4155 BUILD 16.C

```

PROGRAMM XYPLOT 24.11.83

Seite - 5 -

PROGRAMM XYPLOT 24.11.83

Seite - 6 -

```

4156 MOVE X+S-B2+M1.Y-H2+H2
4157 CPLOT REP0(19," ",",",-1,1)
4158 MOVE X+S.Y
4159 PLOT X+S.Y1
4160 GOTO 4170
4165 MOVE X-.3+B2+M1.Y-.3+H2+H2      84150
4166 CPLOT Z
4170 NEXT I      84082 84185 84130 84160

```

```

4180 REM *** 7 AUF AXHSEN ***
4181 LET B1+B2
4182 LET H1+H2
4183 LET U=0
4185 REM wenn kein "t", dann
4186 GOTO 4410
4190 FOR I=1 TO N STEP 1
4191 LET Y=A(2,I)
4192 IF (Y(Y1) OR (Y(Y2) THEN 4200
4200 LET X=A(1,I)
4210 ON LB GOTO 4240,4214,4211
4211 IF X>0 THEN 4220 84210
4212 LET X=X6
4213 GOTO 4260
4214 IF X>0 THEN 4220 84210
4215 GOTO 4280
4220 LET X=LCT(X) 84211 84214
4240 IF (X(X1) OR (X(X2) THEN 4280 84210
4260 MOVE X-.3+B1+M1.Y1 84213
4270 CPLOT "t"
4280 NEXT I 84192 84213 84240
4290 LET U=3+P1/2
4300 CSIZE B1,M1,U
4310 FOR I=1 TO N STEP 1
4311 LET Y=A(2,I)
4312 IF (Y(Y1) OR (Y(Y2) THEN 4400
4320 LET X=A(1,I)
4330 ON LB GOTO 4340,4334,4331
4331 IF X>0 THEN 4340 84330
4332 LET X=X6
4333 GOTO 4380
4334 IF X>0 THEN 4340 84330
4335 GOTO 4400
4340 LET X=LCT(X) 84331 84334
4360 IF (X(X1) OR (X(X2) THEN 4400 84330
4380 MOVE X.S.Y-.3+H1+H2 84333
4390 CPLOT "t"
4400 NEXT I 84312 84335 84360
4410 REM kurven einzeichnen ? 84369 84186
4415 ON INT(F) GOTO 4430,4670,4740,4920
4420 RETURN

```

```

4430 REM *** GERADEN 84415
4435 LET I=0
4440 FOR J=1 TO N STEP 1
4441 LET Y=A(2,J)
4442 IF (Y(Y1) OR (Y(Y2) THEN 4530
4450 LET X=A(1,J)
4460 ON LB GOTO 4490,4464,4461
4461 IF X>0 THEN 4470 84460
4462 LET X=X6
4463 GOTO 4510
4470 LET X=LCT(X) 84461 84464
4490 IF (X(X1) OR (X(X2) THEN 4530 84460
4510 ON I GOTO 4511,4514 84463
4511 MOVE X.Y 84510
4512 LET I=2
4513 GOTO 4531
4514 PLOT X.Y 84510
4520 GOTO 4531
4530 LET I=1 84462 84465 84490
4531 NEXT J 84513 84520
4560 RETURN

```

```

4570 REM *** PLOT E-FUNKTION *** 84415
4580 READ :S,M,K,SB,S1,S2,M
4590 MOVE X1,A=EXP(K*X1)
4700 FOR I=X1 TO X2 STEP (X2-X1)/100
4710 PLOT I,A=EXP(K*I)
4720 NEXT I
4730 GOTO 5920

```

```

4740 REM *** PLOT POLYNOM *** 84415
4750 READ :6,S,M
4760 FOR I=1 TO N STEP 3
4770 READ :6,C(I)
4780 NEXT I
4790 DEF FNY(X)1,F
4791 ON LB GOTO 4800,4792
4792 LET X=10*X 84791
4800 LET F=0 84791
4810 FOR I=1 TO N STEP 1
4820 LET F=F+C(I)*X^(I-1)
4830 NEXT I
4840 LET F=F+0
4850 FND
4860 LET J=1
4870 FOR I=X1 TO X2 STEP (X2-X1)/100
4880 LET Y=FNY(I)

```

PROGRAMM XYPLOT 24.11.83

Seite - 7 -

PROGRAMM XYPLOT 24.11.83

Seite - 8 -

```

4890 IF (Y(Y1) OR (Y(Y2) THEN 4911
4891 ON J GOTO 4892,4980
4892 MOVE I.Y 84891
4893 LET J=2
4894 PLOT I.Y 84891
4910 GOTO 4912
4911 LET J=1 84890
4912 NEXT I 84910
4915 GOTO 5920

```

```

4920 REM *** PLOT SUM 2 E-FUNKTIONEN *** 84415
4925 DEF FNE(X)=U(1)*EXP(-(U(2)*X)+U(3)*EXP(-U(4)*X))
4930 READ :7,I,1,I,1,I,1,I,1,I,M
4931 FOR I=1 TO N STEP 1
4932 READ :7,U(1),U(2),U(3),U(4),K(I)
4933 NEXT I
4935 IF U(1)<0.999 THEN 4940
4936 PRINT "KURVE",G,"": Keine Berechnung d. dopp. e-Funktion!
4937 GOTO 5920
4940 MOVE X1,FNE(X1) 84935
4950 FOR I=X1 TO X2 STEP B1/70
4960 PLOT I,FNE(I)
4970 NEXT I
4980 GOTO 5920

```

```

6000 GOTO 8040
6010 READ :3,I EOF 6130 86070 86120
6100 WRITE :0,1
6110 LET H1=M+1
6120 GOTO 6000
6130 RESTORE :0 86040 86090
6140 SCRATCH :2
6150 FOR J=1 TO N2 STEP 1
6160 READ :0,10
6170 WRITE :2,10
6180 NEXT J
6190 FOR J=1 TO N1 STEP 1
6200 READ :0,1
6210 WRITE :2,1
6220 NEXT J
6230 DISP UB
6240 CHAIN UB
6250 END 86010

```

• ENDE PROGRAMM XYPLOT *****

```

5920 REM *** Kurvenmarkiera, *** 84720 84515 84937 84980
5921 CSIZE B3,H3,0
5925 READ :4,I,J
5926 IF I=9999 THEN 5990
5930 MOVE X2+2/70+H1,I
5935 PLOT X9-M1=(B3+B2+2/70),J
5940 MOVE X9-M1=(B3+B2),J-H2+H3=.3
5945 CPLOT Z
5950 BUILD Z0,F 84045
5952 LET Z0=REP0(Z0," ",",",-1,1)
5954 CSIZE B2,H2,0
5956 CPLOT Z0,X
5990 RETURN 85926

```

```

6000 REM *** STEUERUNG *** 8110
6010 READ :3,UB EOF 6230
6020 SCRATCH :0
6030 LET M1=M2=0
6040 READ :3,10 EOF 6130 86000
6050 WRITE :0,10
6060 LET M2=M+1
6070 IF I0="0" THEN 6000

```

```
* FORMATIERTES      B.... = Zeilennr. mit Sprunganweisung,
* LISTEN:           steht am Sprungziel.
* -----          Bei "LINE OVERFLOW" Restzeichenausgabe
*                   rechtsbündig; hierbei werden ",],"
*                   als Trennzeichen in der angegebenen
*                   Priorität benutzt.
```

```
PROGRAMM P L T A B                                Ausdruck vom 24.11.85
-----

```

```

0010 REM ***** PLTAB *****
0020 REM *****
0030 REM LIEFERT LEGENDEN (& TABELLEN) ZU DEN BILDERN
*****
0040 REM *****
*****
0050 FILES
*****
0060 DIM A(2,250),AE(2),C(18)
*****
0070 DECL 00(16,16,08),32(X,Y,AS(3))
*****
0080 LET CANCHR=C(34)
*****
0090 REM S5 = SIGNIF.STELLEN FÜR PARAM-AUSDR.
*****
0100 LET S5#4
*****
0110 LET D=0#0
*****
0120 RESTORE .1

```

```

0200 RDN =:= 0650 A1520
0210 RDN := 1:X,U0,X0,Y0,X1,X2,T1,Y1,Y2,T2 EDF 5000
0220 RDN
      1:B,M,A1,A2,01,02,A3,02,H2,A3,H3,X0,X9,M1,Y0,Y9,M2,X5
      X6
0230 LET C=0
0240 LET A0=A0+1
0250 LET L0=INT(10*(X-INT(X)))
0260 LET L0=INT L0
0270 ON L0 GOTO 500,200,200,200
0280 LET X1=FNS(10*X1,9)      0270 0270
0290 LET X2=FNS(10*X2,9)

```

PROGRAMM PLTAB 24.11.85 Seite - 3 -

```

1110 PRINT
1120 PRINT US
1130 FOR I=1 TO LEN(US) STEP 1
1140 PRINT " "I";
1150 NEXT I
1160 PRINT
1170 PRINT
1180 PRINT

```

1190 REM ***

1200 REM *** GOSUB TABELLE ***** 01520

```

1500 REM *** FORTSETZUNG ***
1510 READ I,F
1520 ON F GOTO 200,1200

```

```

2900 KEN *** SUB RUSORUCK TABELLE ***** 04090 04200
2910 PRINT
2920 PRINT
2930 PRINT "Kurve:" G="":TAB(01-LEN(U0)):U0
2940 LET IS=" "
2950 PAD IS,126
2960 PRINT IS
2970 PRINT "Die":N,"Masswerte wurden durch ":"
2980 IF Z0<" " THEN 2910
2990 PRINT "Seiten dargestellt"
3000 GOTO 2500
3010 PRINT "G=Z0<C0" gekennzeichnet:" 02000
3020 ON INT(G) GOTO 2100,2170,2250,2300
3030 PRINT " "
3040 COTO 2500
3050 PRINT " und durch 2100,2170,2250,2300," 02120
3060 COTO 2500
3070 READ 4,R,K,50,51,52,10 02120
3073 IF R=1E30 THEN 2500
3080 PRINT " und an die E-Funktion "
3090 PRINT " *exp(C0) angepasst "
3100 PRINT " Parameter: ",R="":FMS(0,53):TAB(37):" "
3110 PRINT "Standardabw.", "Sa "":FMS(51,53):TAB(37):" "

```

```

2220 PRINT TAB(57); "Sy ="; FMS(50,59)
2230 PRINT "Halbwerts:", "X(1/2) =
      -LOG(2)/K"; FMS(-LOG(2)/K,59); AB(1)
2240 GOTO 2500
2250 PRINT " und an ein Polynom der Form ";

```

```

0300 REM *** FN READ WERTEPARAM ***
0310 DEF FNR 1,3
0320 READ :1,US,M,AS(1),AS(2),TO
0330 FOR I=1 TO M STEP 1
0340 READ :1,A(1,I),A(2,I)
0350 NEXT I
0351 ON TO GOTO 352,360
0352 FOR I=1 TO 26 STEP 1      0351
0353 READ :1,J
0354 NEXT I
0360 READ :1,Z,F      0351
0370 LET FN=+1
0380 FEND

```

0390 REM *** **

```

0135H REM *** AUDRUCK7 ***      0270
0150 ON F0 GOTO 1000,1000,520
0520 LET I=FNR      0510 0600
0530 REM READ INP,DATA 1:1
0540 ON I GOTO 50,50,50,50,50
0550 GOTO 640
0560 READ 4:4:K,S0,S1,S2,I,0
0570 GOTO 640
0580 READ 5:5:S,M      0540
0590 FOR I=1 TO M STEP 1
0600 READ 5:C(I)
0610 NEXT I
0620 GOTO 640
0630 READ 6:6:I,I,I,I,I,I,I,I,I,I,M
0631 FOR J=1 TO 4*M STEP 1
0632 READ 5:J,I
0633 NEXT J
0640 READ 1:1:F      0550 0570 0620
0650 ON F GOTO 200,520

```

```

1000 REM *** UEBERSCHRIFT          0310
1010 PRINT
1020 PRINT
1030 PRINT "Legende ";
1040 ON F0 GOTO 1050,1060
1050 PRINT "3 Vertikaballen ";
1060 PRINT "zu Abbildung".A0
1070 LET I0=0
1080 PAUSE 10,33
1090 PRINT I0
1100 PRINT

```

PROGRAMM PLTAB 24.11.85 Seite - 4 -

```
2260 PRINT "F(X) = A(0) + A(1)*X + A(2)*X^2 + ... +  
A(N)*X^N angepasst."
```

```

2290 FOR I=1 TO M STEP 1
TIME READ :S.C(I)
2310 LET I=I-1
2320 BUILD I6,I1
2330 LET I1=12+23*(I1-3)/INT(I1/3))
2340 PRINT TAB(I1):"A("&REP6(I6," ",",",-1,12)+")
                                     =":FMS(C(I),59)

```

```

2326 NEXT I
2360 PRINT TAB(1); "Summe der Abweichungsquadrate"; FMS(5,59)
2370 GOTO 2300
2380 READ :G:G9,H:R7,M6,N5,P9,E9,S0,I,M      82120
2381 FOR I=1 TO N STEP 1
2382 READ :G:U(1),O(1),V(1),K(1)
2383 NEXT I
2390 IF U(1)<E999 THEN 2420
2400 PRINT " : Die gewünschte Anpassung, konnte nicht
      : ausgeführt werden."      82170

```

```

2418 GOTO 1330
2420 PRINT " und an die doppelte E-Funktion" @2398
2430 PRINT "Y=A*EXP(-a*x)+B*EXP(-b*x) angepasst."
2433 BUILD
      18,"C",Z0,"Iter.", "N8","Lattice-Search.",N7,"Nebenmin.",
2436 BUILD $,I$, "Conv.", "FMS(P9.S9).")
2438 PRINT TAB(81-LEN(I$)):I$

```

```
2439 PRINT
2440 PRINT "Parameter:", "a" = FMS(U(1), S9); TAB(37); "b"
      = FMS(U(3), S9);
2450 PRINT "a" = FMS(U(2), S9); TAB(37); "b" = FMS(U(4), S9)
```

```
2460 PRINT "Standard Dev.:", "Sa =" ; FMS(0(1),59); TAB(37); "Sb =" ; FMS(0(3),59)
2461 PRINT TAB(57); "Sum of Squares:"
2470 PRINT "Sa =" ; FMS(0(2),59); TAB(37); "Sb =" ; FMS(0(4),59)
```

```

2471 PRINT TAB(37);FMS(50,59)
      PRINT "Halbwerts:","X(1/2)a =
                                LOG(2)/a";TAB(37);"X(1/2)b = LOG(2)/b"
2490 PRINT "

```

```

      ("A8(1)+1",FMS(LOG(2)/U(2),59);TMS(37);
      FMS(LOG(2)/U(4),59);
      T50M PRINT      02100 02140 02160 02240 02370 02410
      2510 ON FO GOTO 2320,3070      04090 04200
      0220 00100

```

```

2520 PRINT
      FNZ8(M2-M1,3,"", "", "Y", "-----Y", "-----")
                                         62510
2530 BUILD USING 2540,16,"Probe MP."
2540 :''''''''''''''''''''''''''''''''

```

```
2550 FOR I=M1 TO M2 STEP 1
2560 LET X8=Y8=2
2570 GOTO 2580 USING 2590, I, I
```


PROGCR. 24.11.85

Seite - 3 -

5100 C1 = 1004
-0000

**** I PROGRAM D1ND: *****

```
*****
*
* FORHÄLTERTES      B... = Zeilennr. mit Sprungangweisung,
* LISTEN:           steht am Sprungziel.
* -----          Bei "LINE OVERFLOW" Restzeichenausgabe
*                  rechtsbündig; hierbei werden " 3,"
*                  als Trennzeichen in der angegebenen
*                  Priorität benutzt.
*
*****
```

PROGRAM F D I F F

Ausdruck von 24.11.85

Seite - 1 -

```
0010 REM DIFFERENZ KORRESPONDIERENDER Y-WERTE (A(M)-B)
0020 REM AUS 2 DATENFILES (FORMAT NACH PROGCR.INPUT).
0030 REM WRITE:3,(Y1-Y2) WENN X1=X2; WEGFALL WENN X1<X2.
0040 LET M=4
0050 DIM A(4,340), F(2), K(2), AB(4), B(4)
0060 DCL B(4) (U19,U20), 32 (A(1,B(1)), 7 (F(1),F20,F30)
0070 FILES M=4
0080 FKEY 01,1:
0090 FKEY 02,2:
0100 FKEY 03,3:
```

```
0200 REM *** START ***      02100
0210 DISP " FILE01 - FILE02 -> FILE03 "
0220 INPUT F10,F20,F30
0230 DISP F10;" - ",F20;" -> " F30
```

```
0300 REM *** DATEN 4- F8 ***
0310 FILE : 1,F10
0320 FILE : 2,F20
0330 READ : 1,U19,U20,K0,U00,K1,U00,M(1)
0340 READ : 2,U20,18,K5,19,K2,19,M(2)
0350 LET F1=1
0360 FOR I=1 TO M STEP 1
0370 READ : 1,A(1)
0380 READ : 2,B(1)
0390 IF A(1)≠B(1) THEN A(1)
0400 LET F1=2
```

PROGRAM D1ND: 24.11.85

Seite - 2 -

PROGRAM D1FF 24.11.85

Seite - 3 -

```
0410 NEXT I      0390
0420 ON F1 GOTO 030,0440
0430 IF K1=K2 THEN 350      0420
0440 FOR I=1 TO 20 STEP 1      0430
0450 GLEEP
0460 DELAY 2
0470 NEXT I
0480 PRINT "PRÜFE OB FILES VERGLEICHBAR: ",F10,F20
0490 PRINT "K0","K1","K2"
0500 PRINT K0,K1,K2
0510 FOR I=1 TO M STEP 1
0520 PRINT A(1);" " *****;B(1)
0530 NEXT I
0540 STOP
0550 LET M=A(1)+N(2)      0430
0560 LET M=A(1)+F(2)=0
0565 PRINT
0570 PRINT U10
0580 PRINT U20
0590 DISP "ÜBERSCHRIFT 1 ODER 2: NEU=F3 ";      0620
0600 INPUT I
0610 ON I GOTO 070,030,030
0620 COTO 390
0630 LET U19=U20      0610
0640 COTO 070
0650 DISP "ÜBERSCHRIFT NEU: ";      0610 0700
0660 AKB U10
0670 PRINT "ÜBERSCHRIFT NEU: ",U10      0610 0640
0680 DISP "EINVERSTANDEN? (JA) (NEIN) ";      0710
0690 INPUT I
0700 ON I COTO 000,030
0710 COTO 000
```

```
1000 REM *** FUNCTION READ FILE F
1010 DEF FNR(F)
1020 LET FN=F
1030 IF F(F)=N(F) THEN 1090
1040 FOR I=1 TO M STEP 1
1050 READ : F,A(1),M+F
1060 NEXT I
1070 LET F(F)=F(F)+1
1080 LET FN=F
1090 FEND      01030
```

```
2000 REM *** DATENAUSGABE 4 F30      0050 0060 0090
2010 LET A(2)=A(3)=""
2020 PRINT N0:"KORRESPOND. PUNKTE NACH FILE "F30;" ";
2030 PRINT TAB(43);"DIFFERENZEN AUS FILE "F10;" - "F20
2035 PRINT TAB(43);"SORTIERUNG ("CHR$(F2-1)+03+11)+")"
2040 DISP TAB(9);"SCRATCH",F30
2050 FILE : 1,0
2060 FILE : 2,F30
2070 SCRATCH :2
2080 WRITE :2,U19,U20,K0,U00,K1,U00,M(1)
2090 FOR I=1 TO M STEP 1
2100 WRITE :2,A(1)
2110 NEXT I
2120 FOR J=1 TO M STEP 1
2130 FOR I=1 TO M STEP 1
2140 WRITE :2,A(I,J)
2150 NEXT I
2160 NEXT J
2170 FILE : 2,0
2180 COTO 200
2000 END
```

* ENDE PROGRAM D1FF *****

```
0000 REM *** BEGINN VERGLEICH      0700
0010 DISP A(1);" ("> 0000" (F) SORTIERT";      0030
0020 INPUT F0
0025 LET F2=F0
0030 IF F0=2 THEN 010
0040 LET F0=SCN(F0-1,3)
0050 IF FNR(1)=0 THEN 2000      0940
0060 IF FNR(2)=0 THEN 2000
0070 LET F=F0+SCN(A(1),M(1)-A(1,M(2)))/2+1,3      0900
0080 IF F=1,3 THEN 910
0090 IF FNR(F)=0 THEN 2000
0100 COTO 070
0110 LET M0=M0+1      0000
0120 LET A(2,M0)=A(1,M0)+0
0130 LET A(4,M0)=A(4,M0)-A(4,M0+1)
0140 COTO 050
```

```

*****
* FORMATTIERTES      8.... = Zeilennr. mit Sprunganweisung,
* LISTEN:            steht am Sprungziel,
* -----          bei "LINE OVERFLOW" Zeilenzeilenangabe
*                   rechtsbündig; hierbei werden " ;"
*                   als Trennzeichen in der angegebenen
*                   Prioritäts benutzt.
*
*****

```

PROGRAMM F U S I O N Ausdruck vom 24.11.85

 Seite - 1 -

```

0010 REM FUSION ZWEIER DATENFILES (FORMAT NACH PROG. INPUT)
0020 REM ----- (STEIGENDE SEQUENZ DER X-WERTE)

0030 LET M=4
0040 DIM A(4,340), AB(4), BB(4)
0050 DIM U(10,100), 32 (AB(1),BB(1)), 7 (F10,F20,F30)
0060 FILES = 4
0070 FREY 01,1
0080 FREY 02,2
0090 FREY 03,3
0100 FREY 00,1.PUFFER.PUFFER

0110 REM *** START ***                      01670
0120 DISP "FILE#1 UND FILE#2 NACH FILE#3 ->        ODER (F0)
                                         .PUFFER.PUFFER ";
0130 INPUT F10,F20,F30
0140 DISP F10," = ",F20,"-> ",F30

```

```

0150 REM *** DATEN 4- F0 ***
0160 FILE 1,F10
0170 FILE 2,F20
0180 READ 1,U10,U70,K0,U00,K1,U00,M1
0190 READ 2,U20,I0,K9,I0,K2,I0,M2
0200 LET F1=1
0210 FOR I=1 TO M STEP 1
0220 READ 1,AB(I)
0230 READ 2,BB(I)
0240 IF AB(I)=BB(I) THEN 330
0250 LET F1=2

```

PROGRAMM FUSION 24.11.85 Seite - 3 -

```

1090 IF A(I,1)=A(I,1) THEN 1110
1100 LET I=1
1110 NEXT I                      01090
1120 FOR I=1 TO M STEP 1
1130 LET I=AB(I,1)
1140 LET A(I,1)=A(I,1)
1150 LET A(I,1)=I
1160 NEXT I
1170 NEXT J
1180 DISP

```

```

1500 REM *** DATENAUSGABE + F30                      01030
1510 LET U20=F10+1 UND "F20=" NACH "F30
1520 PRINT "n","n","SORT="CHR$(74+40*(F-1)),U20
1530 DISP TAB(9),"SCRATCH",F30
1540 FILE 1,1
1550 FILE 2,F30
1560 SCRATCH 2
1570 WRITE 2,U10,U70,K0,U00,K1,U00,M
1580 FOR I=1 TO M STEP 1
1590 WRITE 2,AB(I)
1600 NEXT I
1610 FOR J=1 TO M STEP 1
1620 FOR I=1 TO M STEP 1
1630 WRITE 2,AB(I,J)
1640 NEXT I
1650 NEXT J
1660 FILE 1,2
1670 COTO 200
2000 END

```

ENDE PROGRAMM FUSION *****

```

0330 NEXT I                      0320
0330 OR F1 COTO 340,350
0340 IF K1=K2 THEN 460                      0335
0350 FOR I=1 TO 20 STEP 1                      0335
0360 BEEP
0370 DELAY 2
0380 NEXT I
0390 PRINT "PRUEFE OB FILES VERGLEICHBAR ",F10,F20
0400 PRINT "K0","K9","K1","K2"
0410 PRINT K0,K9,K1,K2
0420 FOR I=1 TO M STEP 1
0430 PRINT AB(I),"                      *****BB(I)
0440 NEXT I
0450 STOP
0460 LET M=M+1                      0340
0470 PRINT "GESAMT-M=";M
0480 PRINT U10
0490 PRINT U20
0500 DISP "UEBERSCHRIFT 1 ODER 2; INPUT F3 ";                      0530
0510 INPUT I
0520 OR I COTO 500,540,560
0530 COTO 500
0540 LET U10=U20                      0520
0550 COTO 500
0560 DISP "UEBERSCHRIFT NEU=";                      0520 0610
0570 AB U10
0580 PRINT "UEBERSCHRIFT NEU=";U10                      0520 0550
0590 DISP "EINVERSTANDEN? (JA) (NEIN) ";                      0620
0600 INPUT I
0610 OR I COTO 630,560
0620 COTO 590
0630 LET F=1                      0610
0640 DISP F10
0650 FOR J=1 TO M STEP 1
0660 IF J<M+1 THEN 690
0670 LET F=2
0680 DISP F20
0690 FOR I=1 TO M STEP 1                      0650
0700 READ "F.A(I,J)
0710 NEXT I
0720 NEXT J

```

```

1000 REM *** SORTIEREN NACH STEIG. AB(1..M) ***
1010 DISP "SORTIEREN? (JA) (NEIN)";                      01040
1020 INPUT F
1030 OR F COTO 1050,1500
1040 COTO 1010
1050 FOR J=1 TO M-1 STEP 1                      01030
1060 DISP "SORTIEREN",M-J
1070 LET I=1
1080 FOR I=J+1 TO M STEP 1

```

```

*****
* FORMATTIERTES      8.... = Zeilennr. mit Sprunganweisung,
* LISTEN:            steht am Sprungziel,
* -----          bei "LINE OVERFLOW" Zeilenzeilenangabe
*                   rechtsbündig; hierbei werden " ;"
*                   als Trennzeichen in der angegebenen
*                   Prioritäts benutzt.
*
*****

```

PROGRAMM M E D I A N Ausdruck vom 24.11.85

 Seite - 1 -

```

0010 REM *** MEDIANWERTE AUS FUSIONIERTEN FILES
0020 REM NACH WUNSCH KLASSENBILDUNG

0030 LET M=4
0040 LET B=74
0050 LET T=6
0060 LET A20="FALLZAHL"
0070 LET A30="INTERKUMULIL 50"
0080 DIM A(4,300), 0(3), AB(4)
0090 DIM 00 U0, 7 (F10,F20)
0100 FILES = 4
0110 FREY 01,1,1,1
0120 FREY 02,2,2,2
0130 FREY 03,3,3,3

```

```

0500 REM *** START ***                      0330
0510 DISP "FUSIONS-FILE, MEDIANWERT-FILE ";
0520 INPUT F10,F20
0530 DISP "READ "F10,"SCRATCH "F20
0540 FILE 1,1,F10
0550 FILE 2,F20
0560 COSUM 6000

```

```

1000 REM *** SORTIEREN NACH STEIG. AB(F1..F2) ***                      03060
1010 LET M=M+1
1020 LET M=M+1                      02130

```

```
1070 LET F1=F2+1
1080 FOR J=F1+1 TO M STEP 1
1090 IF A(1,F1)<A(1,J) THEN 1070
1095 NEXT J
1070 LET F2=J-1
1080 FOR J=F1 TO F2-1 STEP 1
1090 DISP "SORTIEREN: ",F2-J
1100 LET I=J
1110 FOR I=J+1 TO F2 STEP 1
1120 IF A(I,1)<A(M,1) THEN 1140
1130 LET I=I+1
1140 NEXT I
1150 FOR I=1 TO N STEP 1
1160 LET I2=A(1,I)
1170 LET A(1,I)=A(1,J)
1180 LET A(1,J)=I2
1190 NEXT I
1200 NEXT J
1210 DISP
```

```
2000 REM *** QUANTILE 0.25, 0.5, 0.75
2010 FOR I=1 TO 3 STEP 1
2020 LET I=I/4*(F2-F1+1)+F1-1
2030 LET I1=INT(I)-SGN(I-INT(I))
2040 LET I2=INT(I)+1
2050 LET Q(I)=(A(M,I1)+A(M,I2))/2
2060 NEXT I
2070 LET A(1,M0)=A(1,F1)
2080 LET A(2,M0)=F2-F1+1
2090 LET A(3,M0)=Q(3)-Q(1)
2100 LET A(4,M0)=Q(2)
2110 IF A(2,M0)<M1 THEN 2130
2120 LET M1=A(2,M0)
2130 IF F2=M1 THEN 02110
```

```
3000 REM *** UBERSICHT
3010 DISP "UBERSICHT DRUCKEN (JA) (NEIN)":
3020 INPUT F1
3030 ON F1 GOTO 3040,3050
3040 PRINT 03030
3050 PRINT 03030
3060 PRINT "N(1)=F1+1" = "N, N(1)=F2+1" = "M, M0=MAX(V1)
= "M1
3070 ON F1 GOTO 3080,3500
3080 PRINT 03070
3090 FOR J=M1 TO 1 STEP -1
3100 PRINT J:
3110 FOR I=1 TO M0 STEP 1
3120 LET I1=INT(Q*(A(1,I)-A(1,I1))/(A(1,M0)-A(1,I1))+T
3130 LET I2=45-3+SGN(SGN(A(2,I)-J)+1)
```

```
3140 PRINT TAB(I);CHR$(I2);
3150 NEXT I
3160 NEXT J
3170 PRINT
3180 LET J=INT(IGT(A(1,M0)))
3190 FOR J=J TO 0 STEP -1
3200 FOR I=1 TO M0 STEP 1
3210 LET I1=INT(Q*(A(1,I)-A(1,I1))/(A(1,M0)-A(1,I1))+T
3220 LET I2=INT(A(1,I)/107)
3230 PRINT TAB(I);
3240 IF (I2=0) OR (J=0) THEN 3270
3250 PRINT " "
3260 GOTO 3300
3270 LET I2=I2/10
3280 LET I2=M0-(I2-INT(I2))
3290 PRINT CHR$(48+I2);
3300 NEXT I
3310 NEXT J
```

```
3500 REM *** KLASSENBILDUNG? 03070 03540 04100
3510 DISP "WRITE) (KLASSEN) (NEU)":
3520 INPUT I
3530 ON I GOTO 4000,5000,5000
3540 GOTO 3590
```

```
4000 REM *** WRITE MEDIANE -> F20 *** 03530
4010 SCRATCH 2
4020 WRITE 2,"MEDIANE: ",U8,U78,K0,U08,K,U06,M0
4030 WRITE 2,A(1),A26,A38,A(4)
4040 FOR J=1 TO M0 STEP 1
4050 FOR I=1 TO M STEP 1
4060 WRITE 2,A(1,J)
4070 NEXT I
4080 NEXT J
4090 PRINT "MEDIANWERTE AUS FILE "4F18" NACH "4F20
4100 GOTO 3500
```

```
5000 REM *** KLASSEN 03530
5010 PRINT
5020 DISP F18=" NEU LESEN"
5030 COSUB 5000
5040 DISP "UNTERGR., MITTE, OBERGR. (END)": 05090 03100
5050 INPUT C0,C3,C5
5060 IF (C0=C3) AND (C3=C5) THEN 1000
5070 IF (C0=C5) AND (C5=C3) THEN 5100
5080 BEEP
5090 GOTO 5040
5100 LET I=B 05070
```

```
5110 FOR J=1 TO M STEP 1
5120 IF A(1,J)<Q0 OR A(1,J)>Q9 THEN 5150
5130 LET A(1,J)=Q0
5140 LET I=I+1
5150 NEXT J
5160 PRINT I,"MESSUNGEN IM BEREICH",Q0,"DIS",Q9,A0(1);
5170 PRINT " : NEUE KLASSENMITTE "":Q5
5180 GOTO 5040
```

```
6000 REM *** SUB READ DATA 4 F18 *** 03560 03030
6010 RESTORE 1
6020 READ 1,U8,U78,K0,U08,K,U06,M
6030 FOR I=1 TO M STEP 1
6040 READ 1,A0(1)
6050 NEXT I
6060 FOR J=1 TO M STEP 1
6070 FOR I=1 TO M STEP 1
6080 READ 1,A(1,J)
6090 NEXT I
6100 NEXT J
6110 RETURN
7000 END
```

***** ENDE PROGRAMM MEDIAN *****

```
*****
*
* FORMATIERTES 8... = Zeilennr. mit Sprunganweisung,
* LISTEN: steht am Sprungziel.
* ----- bei "LINE OVERFLOW" Restzeichenausgabe
* rechtsbündig; hierbei werden " )"
* als Trennzeichen in der angegebenen
* Priorität benutzt.
*****
```

PROGRAMM QUANT
=====

Ausdruck vom 24.11.85

Seite - 1 -

```
0010 REM *** QUANTILE C23,C733 AUS FUSIONIERTEM FILE
0020 REM NACH VORSCH KLASSENBILDUNG
```

```
0030 LET N=4
0040 LET B=74
0050 LET T=6
0060 LET A20="FALLZAHN"
0070 LET A30="QUANTIL 25"
0080 LET A40="QUANTIL 75"
0090 DIM A(4,200), Q(3), A0(4)
0100 DCL B0 UB 7 (F18,F20)
0110 FILES =0
0120 FKEY 01.1.1.1;
0130 FKEY 02.2.2.2;
0140 FKEY 03.3.3.3;
```

```
0500 REM *** START *** 03530
0510 DISP "FUSIONS-FILE, QUANTILBER.-FILE ":
0520 INPUT F18,F20
0530 DISP "READ "F18,"SCRATCH "F20
0540 FILE : 1.F18
0550 FILE : 2.F20
0560 COSUB 6000
```

1000 REM *** SORTIEREN NACH STEIG. A(M,F1,F2) *** 03000

1010 LET M0=M1-F2=0

03000

PROGRAMM QUANT 24.11.83

Seite - 2 -

```
1020 LET N:=N0+1      02130
1030 LET F1=F2+1
1040 FOR J=F1+1 TO M STEP 1
1050 IF A(1,J)<A(1,J) THEN 1070
1060 NEXT J
1070 LET F2=F1+1      01050
1080 FOR J=F1 TO F2-1 STEP 1
1090 DISP "SORTIEREN ",F2-J
1100 LET I=J
1110 FOR I=J+1 TO F2 STEP 1
1120 IF A(N,I) < A(N,J) THEN 1140
1130 LET I=I
1140 NEXT I      01120
1150 FOR I=1 TO M STEP 1
1160 LET I2=A(1,I)
1170 LET A(1,I)=A(1,J)
1180 LET A(1,J)=I2
1190 NEXT I
1200 NEXT J
1210 DISP
```

```
3000 REM *** QUANTILE 0.25, 0.5, 0.75
3010 FOR J=1 TO 3 STEP 1
3020 LET J1=4*(F2-F1+1)/F1-1
3030 LET I1=INT(J1)+SGN(J1-INT(J1))
3040 LET I2=INT(J1)+1
3050 LET Q(I)=A(N,I1)+A(N,I2)/2
3060 NEXT I
3070 LET A(1,N0)=A(1,F1)
3080 LET A(2,N0)=F2-F1+1
3090 LET A(3,N0)=Q(I)
3100 LET A(4,N0)=Q(2)
3110 IF A(2,N0) <= N1 THEN 3130
3120 LET N1=A(2,N0)
3130 IF F2=N THEN 1020      02110
```

```
3000 REM *** UEBERSICHT
3010 DISP "UEBERSICHT DRUCKEN: (JA) <NEIN>";
3020 INPUT F1
3030 ON F1 GOTO 3040,3050
3040 PRINT 03030
3050 PRINT 03030
3060 PRINT "N ("<F1>") = ",N,"N("<F2>") = ",N0,"Nmax(Y1)
                                     " ",N1
3070 ON F1 GOTO 3080,3090
3080 PRINT 03070
3090 FOR J=N1 TO 1 STEP -1
3100 PRINT J
3110 FOR I=1 TO N0 STEP 1
3120 LET I1=INT((A(1,I)-A(1,I1))/(A(1,N0)-A(1,I1))+1)
```

PROGRAMM QUANT 24.11.83

Seite - 4 -

```
5100 LET I=0      05070
5110 FOR J=1 TO M STEP 1
5120 IF (A(1,J)<C0) OR (A(1,J)>C9) THEN 5150
5130 LET A(1,J)=C3
5140 LET I=I+1
5150 NEXT J      05120
5160 PRINT I,"MESSUNGEN IM BEREICH:",C0,"BIS",C9,A8(1);
5170 PRINT " " "NEUE KLASSENMITTE "":C3
5180 GOTO 5040
```

```
6000 REM *** SUB READ DATA + F10 ***      0500 05020
6010 RESTORE :1
6020 READ :1,U0,U70,K0,U00,K,U00,N
6030 FOR I=1 TO M STEP 1
6040 READ :1,A8(1)
6050 NEXT I
6060 FOR J=1 TO M STEP 1
6070 FOR I=1 TO M STEP 1
6080 READ :1,A(1,J)
6090 NEXT I
6100 NEXT J
6110 RETURN
7000 END
```

*** ENDE PROGRAMM QUANT *****

PROGRAMM QUANT 24.11.83

Seite - 3 -

```
3130 LET I2=4.3+SGN(SGN(A(2,I)-J)+1)
3140 PRINT TAB(11),CNR0(12);
3150 NEXT I
3160 NEXT J
3170 PRINT
3180 LET J=INT(CLOT(A(1,N0)))
3190 FOR J=1 TO 0 STEP -1
3200 FOR I=1 TO N0 STEP 1
3210 LET I1=INT((A(1,I)-A(1,I1))/(A(1,N0)-A(1,I1))+1)
3220 LET I2=INT(A(1,I1)/1070)
3230 PRINT TAB(11);
3240 IF (I2=0) OR (J=0) THEN 3270
3250 PRINT " "
3260 GOTO 3300
3270 LET I2=I2/10      03240
3280 LET I2=10*(I2-INT(I2))
3290 PRINT CHR$(48+I2);
3300 NEXT I      03260
3310 NEXT J
```

```
3500 REM *** KLASSENBILDUNG?      03070 03540 04100
3510 DISP "WRITE" (KLASSEN) "NEU";
3520 INPUT I
3530 ON I GOTO 4000,3000,300
3540 GOTO 3500
```

```
4000 REM *** WRITE MEDIANE -> F20 ***      03330
4010 SCATCH :2
4020 WRITE :2,"QUANTILE: "+U0,U70,K0,U00,K,U00,N0
4030 WRITE :2,A8(1),A20,A00,A00
4040 FOR J=1 TO N0 STEP 1
4050 FOR I=1 TO M STEP 1
4060 WRITE :2,A(1,J)
4070 NEXT I
4080 NEXT J
4090 PRINT "QUANTILE AUS FILE "+F10+" NACH "+F20
4100 GOTO 3500
```

```
3400 REM *** KLASSEN      03330
3410 PRINT
3420 DISP F10+" NEU LESEN"
3430 COSUB 6000
3440 DISP "UNTERGR., MITTE, OBERGR. (END)";      05090
                                     05100
3450 INPUT C0,C3,C9
3460 IF (C0=C3) AND (C3=C9) THEN 1000
3470 IF (C0=C3) AND (C3=C9) THEN 5100
3480 BECP
3490 GOTO 3440
```

```
*****
*
*   FORMATIERTES 8... 4 Zeilenr. mit Sprungausweis.
*   LISTEN:      Blank aus Sprungziele.
*   -----
*   Bei "LINE OVERFLOW" Restzeichenausgabe
*   rechtsbündig; hierbei werden "J)"
*   als Trennzeichen in der Ausgabe
*   Priorität benutzt.
*
*****
```

PROGRAMM A M S D

Ausdruck vom 24.11.83

Seite - 1 -

```
0010 REM *** ARITHM. MITTELWERTE AUS FUSIONIERTEN FILES
0020 REM NACH WUNSCH KLASSENBILDUNG
```

```
0030 LET N=4
0040 LET B=74
0050 LET T=6
0060 LET A20="FALLZAHL"
0070 LET A10="STANDARD-ABW"
0080 DIM A(4,300), B(4)
0090 DCL 00 U0, ? (F10,F20)
0100 FILES =0
0110 FREY A1,1,1,1;
0120 FREY 02,2,2,2;
0130 FREY 03,3,3,3;
```

```
0140 REM *** START ***      03330
0150 DISP "FUSIONS-FILE, MITTELWERT-FILE ";
0160 INPUT F10,F20
0170 DISP "READ ":F10,"SCATCH ":F20
0180 FILE : 1,F10
0190 FILE : 2,F20
0200 COSUB 6000
```

```
1000 REM *** SUCHE GLEICHE X: A(N,F1..F2) ***      05060
1010 LET N0=N1=F2=0
1020 LET N0=N0+1      02130
1030 LET F1=F2+1
```

PROGRAMM ANSD 24.11.83

Seite - 2 -

```

1040 FOR J=F1+1 TO M STEP 1
1050 IF A(1,F1)>A(1,J) THEN 1070
1060 NEXT J
1070 LET F2=J-1 81050
1080 DISP "MITTELWERTE:",F1;"BIS":F2

2000 REM *** MITTELW + STANDARD-ABW ***
2005 LET N9=F2-F1+1
2010 LET X=X2+A(3,N9)=0
2015 FOR I=F1 TO F2 STEP 1
2020 LET X=X+0.0(N,I)
2025 LET X2=X2+A(N,I)*2
2030 NEXT I
2035 LET I=X2-X*2/N9
2040 LET A(1,N9)=A(1,F1)
2050 LET A(2,N9)=N9
2060 IF N9=1 THEN 2100
2070 LET A(3,N9)=SQRT(-CH9-1)
2100 LET A(4,N9)=X/N9 82005
2110 IF A(2,N9)<=N1 THEN 2130
2120 LET N1=N9
2130 IF F2<N THEN 1020 82110

```

```

3000 REM *** UEBERSICHT
3010 DISP "UEBERSICHT DRUCKEN: (J) (NEIN):",
3020 INPUT F1
3030 ON F1 GOTO 3040,3050
3040 PRINT 83030
3050 PRINT 83030
3060 PRINT "N(="+F1+" ) =":M,"N(="+F2+" ) =":N9,"Nmax(Y1)
                                     "=":N1
3070 ON F1 GOTO 3080,3500
3080 PRINT 83070
3090 FOR J=N1 TO 1 STEP -1
3100 PRINT J:
3110 FOR I=1 TO N9 STEP 1
3120 LET I1=INT((0+A(1,I)-A(1,I3))/(A(1,N9)-A(1,I3)))+1
3130 LET I2=X+0.3-SGN(SGN(A(2,I)-J))+1
3140 PRINT TAB(I1);CHR$(I2);
3150 NEXT I
3160 NEXT J
3170 PRINT
3180 LET J=INT(LOG(A(1,N9)))
3190 FOR J=J TO 0 STEP -1
3200 FOR I=1 TO N9 STEP 1
3210 LET I1=INT((0+A(1,I)-A(1,I3))/(A(1,N9)-A(1,I3)))+1
3220 LET I2=INT(A(1,I)/10*J)
3230 PRINT TAB(I1);
3240 IF (I2>0) OR (I=0) THEN 3270
3250 PRINT " ";

```

PROGRAMM ANSD 24.11.83

Seite - 4 -

```

6020 READ :1.08,U76,K0,U86,K,U96,N
6030 FOR I=1 TO N STEP 1
6040 READ :1.08(I)
6050 NEXT I
6060 FOR J=1 TO N STEP 1
6070 FOR I=1 TO N STEP 1
6080 READ :1.A(I,J)
6090 NEXT I
6100 NEXT J
6110 RETURN
7000 END

```

***** ENDE PROGRAMM ANSD *****

PROGRAMM ANSD 24.11.83

Seite - 3 -

```

3260 GOTO 3300
3270 LET I2=I2/10 83240
3280 LET I2=I2-INT(I2)
3290 PRINT CHR$(40+INT(I2));
3300 NEXT I 83260
3310 NEXT J

```

```

3500 REM *** KLASSENBILDUNG? 83070 83540 84100
3510 DISP "<WRITE> (KLASSEN) <NEU>":
3520 INPUT I
3530 ON I GOTO 4000,5000,500
3540 GOTO 3580

```

```

4000 REM ***** WRITE MITTELWERTE -> F26 ***** 83530
4010 SCRATCH :2
4020 WRITE :2;"MITTEL: "U08,U76,K0,U86,K,U96,N
4030 WRITE :2;A(1,I);A26,A36,A6(I)
4040 FOR J=1 TO N9 STEP 1
4050 FOR I=1 TO N STEP 1
4060 WRITE :2;A(1,J)
4070 NEXT I
4080 NEXT J
4090 PRINT "MITTELWERTE AUS FILE "+F16+" NACH "+F26
4100 GOTO 3580

```

```

5000 REM *** KLASSEN 83530
5010 PRINT
5020 DISP F16+" NEU LESEN"
5030 COSUB 5000
5040 DISP "UNTERGR., MITTE, OBERGR. (END)": 83090 85100

```

```

5050 INPUT G0,C5,C9
5060 IF (G0=C3) AND (C5=C9) THEN 1000
5070 IF (G0=C3) AND (C5<C9) THEN 5100
5080 BEP
5090 GOTO 5040
5100 LET I=0 83070
5110 FOR J=1 TO N STEP 1
5120 IF (A(1,J)<G0) OR (A(1,J)>C9) THEN 5130
5130 LET A(1,J)=C5
5140 LET I=I+1
5150 NEXT J 85120
5160 PRINT I;"MESSUNGEN IM BEREICH:"G0;"BIS":C9;A(1,I);
5170 PRINT I: "NEUE KLASSENMITTE ="G5
5180 GOTO 5040

```

```

6000 REM *** SUB READ DATA 4 F16 ***** 8360 83030
6010 RESTORE :1

```

```

*****
*
* F0RMIATIERTES      8.... = Zeilenanz., mit Sprunganweisung,
* LISTEN:           Recht ab Sprungziel,
* FILE 1,F16        Bei "LINE OVERFLOW" Restzeichenausgabe
*                   rechtsbündig, hierbei werden "J,"
*                   als Trennzeichen in der Anzeigebahn
*                   Priorität benutzt,
*
*****

```

PROGRAMM T T U N H

Ausdruck vom 24.11.83

Seite - 1 -

0010 REM VERBUNDENER T-TEST KORRESPONDIERENDER Y-WERTE

```

0015 REM                                     ER(N=0)
0020 REM AUS 2 DATENFILES (FORMAT NACH PROC. INPUT).
0030 REM KORRESPOND: (Y1,Y2), WENN K1=K2;
0031 REM WEGFALL WENN K1<K2;
0035 REM EUTL. NORMALISIERUNG DER KOEFFIZIENTEN A0,B0
0036 REM DER FUNKTIONEN A UND B KURVENANPASSUNG
0040 LET N=4
0050 DIR A(4,380), F(2), K(2), A(4), B(4)
0060 DCL 80 (U10,U20), 32 (A6(1,80(1)), 7 (F10,F20)
0070 FILES =:
0080 FKEY 01:1
0090 FKEY 02:2
0100 FKEY 03:3:

```

```

0200 REM ***** START ***** 82017 83170
0210 DISP "UT-TEST MIT FILE01, FILE02 ":
0220 INPUT F10,F20
0230 DISP "UT-TEST MIT "+F10+" , "+F20

```

```

0300 REM *** DATEN 4- F6 ***
0310 FILE :1,F16
0320 FILE :2,F26
0330 READ :1.010,U70,K0,U80,K1,U90,N(1)
0340 READ :2.020,I0,K9,I0,K2,I0,N(2)
0350 LET F1=1
0360 FOR I=1 TO N STEP 1

```

```

3000 REM *** AUSSAGE      #2069
3010 DISP
3050 PRINT
3060 PRINT
3070 PRINT A$(M)," Y1"," Y2","  @".A$(1)
3080 PRINT
3090 FOR I=1 TO NA STEP 1
3100 PRINT "  @",I,A(2,I),A(3,I),D(1,I),A(1,I)
3110 NEXT I
3120 PRINT
3121 PRINT "###".M1,M2,M3
3122 PRINT "VAR "U1,U2,U3

```

```

***** ENDE PROGRAMM TTUREG *****

```



```

2311 COSUB 1000
2312 COSUB 1500
2313 FOR I=1 TO L0 STEP 1
2314 READ "1.AB(I)
2315 NEXT I
2316 COSUB 1000
2317 FOR J=1 TO N STEP 1
2318 FOR I=1 TO L0 STEP 1
2319 READ "1.A(I,J)
2320 NEXT I
2321 NEXT J
2322 COSUB 1000
2323 RETURN

2500 REM *** TEST 150 *** 02315
2510 IF 150<150 THEN 2550
2511 IF 150<170 THEN 2550
2520 CONVERT 150 TO F LENGTH L
2530 IF (F(1)<32) OR (F(L)<32) THEN 2550
2535 IF L<3 THEN 2550
2540 FOR J=2 TO L-1 STEP 1
2550 LET X=F(J)
2560 IF (X<40) OR (X>37) THEN 2550
2570 NEXT J
2580 ASSIGN 150,L0
2585 IF (X<190)*10+(L-1)*30 THEN 2550
2590 LET F(1)=F(L)+10+150
2590 RETURN 02510 02511 02530 02535 02560 02565

```

```

3000 REM *** SUB AUSDRUCK TABELLE ***** 04070 04090
3010 COSUB 1000
3010 PRINT
3020 PRINT
3030 PRINT
3032 LET 190=F(1)
3034 IF (X<190)*10+(L-1)*30 THEN 3040
3036 ASSIGN 190,190,L0,64
3040 PRINT "FILE "+190,"ZL "+L0 03034
3041 COSUB 1000
3050 PRINT
3060 PRINT "S
3070 COSUB 1000
3120 PRINT 04070 04090
3200 PRINT "
      FNZ(N-1,5,"",",","","","")
3271 COSUB 1000
3310 "1'LLLLLLLLLLLLLL
3373 LET
      100*FNZ(N-1,5,"",",","","")
3390 FOR J=1 TO L0 STEP 1

```

```

3400 BUILD USING 3310,10,AB(I)
3420 FOR I=1 TO M2 STEP 1
3430 LET X=AB(I,1)
3440 REM IF J=1 THEN 3460
3450 IF (X<30) AND (M<1) THEN 3610
3460 IF X>104 THEN 3610
3470 IF ABS(X)>1 THEN 3520
3471 IF X<30 THEN 3480
3472 LET 116=" 01"
3473 GOTO 3660
3480 BUILD USING 3490,116,X 03471
3490 "00,000
3500 LET 118=REP$(116,"0","",1,12)*11
3510 GOTO 3660
3520 LET 118=100*(INT(100*ABS(X))-31)+SIGN(X) 03470
3530 LET 118=INT(100*ABS(X+11))
3531 IF 118 THEN 3540
3532 LET 11=1
3540 LET 12=11+4 03531
3550 LET 128=REP$(118,"0","",1,12)*11
3560 BUILD USING 128,116,X
3590 GOTO 3660
3610 BUILD USING 3620,116,X 03450 03460
3620 "00,011111
3630 LET 118=REP$(116,"",",",1,1)
3640 LET 118=REP$(116,"E-0","",1,1)
3650 LET 118=REP$(116,"E-0","",1,1)*11
3660 LET 118=116 03473 03510 03590
3670 NEXT I
3680 PRINT 10
3690 COSUB 1000
3690 IF J<L0 THEN 3701
3700 LET
      100*FNZ(N-1,5,"",",","","")
3701 COSUB 1000 03690
3710 PRINT 100
3711 COSUB 1000
3720 NEXT J
3750 RETURN

```

```

4000 REM *** SUBROUTINE FUER ***** 02245
4001 COSUB 1000
4010 REM AUFRUF DER TABELLEN-SUBROUTINE IN
      ZEHNERRUPPEN
4015 LET L0=4
4020 LET Z=0
4030 LET N1=Z+10+1 04110
4040 LET N2=10+10
4050 IF N2<N THEN 4090
4060 LET N2=N

```

```

4070 ON SCH(2)+1 COSUB 3000,3120
4080 RETURN
4090 ON SCH(2)+1 COSUB 3000,3120 04050
4100 LET Z=Z+1
4110 GOTO 4030

```

```

4120 REM *** SUB STRING 3 10 ***
4130 DISP "EINGABE ZU LANG (MAX.16)"
4140 FOR I=1 TO 3 STEP 1
4150 BEEP
4160 DELAY 1
4170 NEXT I
4180 DELAY 10
4190 RETURN

```

```

4200 REM *** FNZ0 ***
4201 DEF FNZ(N,N1,10,110,120,110,120)1,F0,F10
4202 DCL 80 (FN0,F0,F10)
4203 LET F0=""
4204 FOR I=1 TO M STEP 1
4205 LET F0=F0+10
4206 NEXT I
4207 LET F0=10+F0+120
4208 LET F10=""
4209 FOR I=1 TO M STEP 1
4210 LET F10=F10+F0
4211 NEXT I
4212 LET FN0=F10+F0+120
4213 FN0

```

4214 REM *****

```

5000 REM *** ENDE *** 02237
5010 FOR I=1 TO 10 STEP 1
5020 PRINT
5025 COSUB 1000
5030 NEXT I
5040 COSUB 1000
5050 IF M<2 THEN 5000
5051 IF F(2)<4 THEN 5060
5053 DISP "CHAIN 'FRIX'"
5056 CHAIN "FRIX"
5058 DISP "CHAIN 'F0(2)" 03051
5070 CHAIN F0(2)
5080 CHD 040,10 03030
5085 SEND 040,"LDK"
5090 CHD 040,1
5100 END

```

```

0010 REM FORATIERTES LISTEN VOM PROGRAMMEN
0015 REM MIT SPRUNZIELMARKIERUNG
0020 REM

0030 DIM L(600,2)
0040 DCL SINGLE
0050 DCL 120 (18,20), 80 (18,US,U16), 1 (TS,U26)
0060 DEF FN$=CHR$(43-(ABS(SGN(INT(25/2)-20))+1-1)*3)
0070 LET 25=0
0080 LET 50=1
0090 LET 59=0
0095 LET 75=25
0100 LET 100=0
0110 LET 500="Seite ="
0125 PRD 10,43
0126 LET 120=EXT0(U16,1,1)
0130 PRD 10,43
0140 LET 716=" ";
0150 FREY 01,1:
0160 FREY 02,2:
0170 FREY 03,3:
0180 FREY 04,4:
0190 FREY 05,0,9999,0,9999:
0200 FILES =+FLKHF

```

```

0300 REM *** ABRAGE *** 0040
0310 SCRATCH 2
0320 LET 200=" " 0040
0330 LET 10=25
0340 LET F0=2 0070

```

PROGRAMM PLIST 24.11.85

Seite - 2 -

```

8550 DISP "FILE=" <END OF LINE>";
8550 R#0 F#
8570 IF F#="" THEN 8800
8580 DISP "TEST VON:015 LIST:U.0 <F#>";
8590 INPUT T1,T2,L1,L2
8600 DISP "AUSGABE <PROGRAM>(LABELS)(PALS)"; 8630
8610 INPUT F1
8620 ON F1 GOTO 840,840,840
8630 GOTO 860
8640 DISP "LISTEN <NORMAL> <FORMATIERT> "; 8620 8620
8650 INPUT F#
8660 ON F# GOTO 790,600
8670 GOTO 640
8680 DISP "PRÜFUNGSMARKE, NEUTIGES DATUM "; 8660
8690 INPUT P#,D#
8700 DISP "LETZTE SEITE AUFFÜLLEN -> AB ? X BELEGTEN
ZEILEN "; 8750 8700
8710 INPUT L#
8720 DISP "LEERZEILENMARKE: <JA>(NEIN)"; 8750 8700
8730 INPUT F0
8740 ON F0 GOTO 760,790
8750 GOTO 720
8760 DISP "LEERZEILE VOR MARKE"; 8740
8770 R#0 8700
8780 IF Z#="" THEN 720
8790 PRINT F#,P#,D#,Z# 8660 8700
8800 PRINT "TEST VON:"T1,"BIS:"T2,"LIST VON:"L1,"BIS:"L2
8810 PRINT ":",L#,"AUSGABE ":"F1,CHR$(F#-8)F#,"ORN"
8820 DISP "EINVLASTANDEN: <JA>(NEIN)<NEU>"; 8850
8830 INPUT I
8840 ON I GOTO 860,520,500
8850 GOTO 820
8860 WRITE 2,F#,P#,D#,Z#,T1,T2,L1,L2,Z#L#R#100,F1,F#,F#
8840
8865 PRINT US
8870 GOTO 540
8880 RESTORE 2 8570
8890 PRINT US,US,US

```

PROGRAMM PLIST 24.11.85

Seite - 4 -

```

1430 PRINT
1450 LET I#="S0#+" 1 -"
1460 PRINT TAB$(S#-59+1)-LEN(I#);I#
1470 PRINT
1475 PRINT
1476 PRINT
1480 LET Z#="5"
2000 REN ***** READ LINE ***** 81130 81170 82860 82110
2110 IF SOME$(I#,"S",0);I#,"1,1")<0 THEN 2000
2120 NEXT I
2130 DATA THEN,COTO,COSUB,EOF
2140 LET M#="1"
2150 FOR I#="1" TO 4 STEP 1
2160 READ I#
2170 LET J#=$C$(I#,"1",M1,5) 82260
2180 IF J# THEN 2270
2190 LET H#="0"
2200 FOR M# TO J#-1 STEP 1
2210 IF EXT$(I#,"H")<CHR$(34) THEN 2230
2220 LET H#="H"
2230 NEXT M
2240 IF H#-INT(H#)=0 THEN 3000
2250 LET M#="H"
2260 GOTO 2170
2270 NEXT I
2280 GOTO 2000

```

```

3000 REN ***** ZEILE L = SPRUNGMARKEISUNG ***** 82240
3010 LET I#=$EXT$(I#,"J",LEN(I#))-LEN(I#)
3020 ASSIGN I#,I#-44 83100
3030 ASSIGN I#,I#-44
3040 LET M#="1"
3050 LET L#,"1")=I#
3060 LET L#,"2")=I#
3070 LET I#=$REP$(I#,"1",,"",1,1)
3080 IF LEN(I#)=0 THEN 2000
3090 LET I#=$REP$(I#,"",,"",1,1)
3100 GOTO 3020

```

PROGRAMM PLIST 24.11.85

Seite - 3

```

1110 PRINT "FILE ""F#,"
1120 PRINT "TEST VON:"T1,"BIS:"T2,
1130 IF F#="" THEN 2000
1140 PRINT "LIST VON:"L1,"BIS:"L2,
1150 PRINT
1160 PRINT
1170 IF F#="" THEN 2000
1180 REN ***** KOPF AUSDRUCK *****
1190 LET I#=$AUSDRUCK VON ""#D#
1200 LET J#=$LEN(I#)
1210 PRINT US
1220 PRINT
1221 PRINT
1222 PRINT
1223 PRINT TAB$(U#-2);EXT$(U16,U#-2,59+1)
1226 PRINT TAB$(U#-2);U26,TAB$(59+1);U26
1230 PRINT TAB$(U#-2);U26;"FORMATIERTES";
1240 PRINT TAB$(T3);"B... = 24stennr. ale
Sprungangweisung.",TAB$(59+1);U26
1250 PRINT TAB$(U#-2);U26;"LISTEN";
1251 PRINT TAB$(T3);"B... an Sprungzahl.",TAB$(59+1);U26
1253 PRINT TAB$(U#-2);U26;"*****";
1260 PRINT TAB$(T3);"B... LINE OVERFLOW
Rechtszeichenausgabe";TAB$(59+1);U26
1261 PRINT TAB$(U#-2);U26,TAB$(T3);"rechtsbündig; hierse
werden ";
1262 PRINT CHR$(34)+I#+CHR$(34),TAB$(59+1);U26
1263 PRINT TAB$(U#-2);U26,TAB$(T3);"als Trennzeichen in der
angegebenen";
1264 PRINT TAB$(59+1);U26
1265 PRINT TAB$(U#-2);U26,TAB$(T3);"Priorität
benutzt.";TAB$(59+1);U26
1268 PRINT TAB$(U#-2);U26,TAB$(59+1);U26
1269 PRINT TAB$(U#-2);EXT$(U16,U#-2,59+1)
1270 FOR I#="1" TO 6 STEP 1
1280 PRINT
1290 NEXT I
1300 PRINT TAB$(U#-2);"PROGRAMM ";
1310 FOR I#="1" TO LEN(P#) STEP 1
1320 PRINT EXT$(P#,I,1);" ";
1330 NEXT I
1340 PRINT TAB$(S#-59+1)-J#,"1#
1350 PRINT TAB$(U#-2);"*****";
1360 FOR I#="1" TO 2*LEN(P#)-1 STEP 1
1370 PRINT " ";
1380 NEXT I
1390 PRINT TAB$(S#-59+1)-J#,"1#
1400 FOR I#="1" TO J STEP 1
1410 PRINT " ";
1420 NEXT I

```

PROGRAMM PLIST 24.11.85

Seite - 5 -

```

4000 REN ***** SORTIEREN ***** 82810 82850
4010 FOR J#="1" TO M-1 STEP 1
4020 DISP "SORTIEREN:"M-J
4030 LET I#="J"
4040 FOR I#="J" TO M STEP 1
4050 IF L$(I,1)+E4+(I,2)<L$(I,1)+E4+L$(I,2) THEN 4070
4060 LET I#="I"
4070 NEXT I
4080 FOR I#="1" TO 2 STEP 1
4090 LET I#="L(1,1)
4100 LET L$(I,1)=L$(I,1)
4110 LET L$(I,1)=I#
4120 NEXT I
4130 NEXT J
4140 DISP

```

```

5000 REN ***** AUSGABE PROGRAM *****
5010 IF F1="2" THEN 7000
5020 LET I#="1"
5030 RESTORE 1
5040 READ 1,1# EOF 6500 83070
5050 LET I#=$EXT$(I#,"1,4) 83930
5060 ASSIGN I#,L#
5070 IF L#="1" THEN 5040
5080 IF L#="2" THEN 6550
5090 LET Z#="4#0"
5100 LET Z#="4#0 83710
5110 LET Z#="2#18 83240
5120 LET Z#=$LEN(Z#)
5130 IF Z#="5" THEN 5500
5140 IF I# THEN 3000 83240
5150 LET F3=$GN(L#-L(1,1))
5160 ON F3+2 GOTO 3000,5170,5220
5170 BUILD 18,L(1,2) 85160
5180 LET I#=$REP$(I#,"",,"",1,1)
5190 ON F2 GOTO 5220
5200 LET I#=""
5210 LET F2="1"
5220 REN NEXT LABEL 83160 83190
5230 LET I#="1"
5240 ON F3+1 GOTO 5110,5140

```

```

5300 REN ***** TEILAUSDRUCK ***** 83130
5310 LET F#="1"
5320 FOR J#="1" TO LEN(T#) STEP 1
5330 LET I#=$EXT$(T#,J,J)
5340 LET P#="S"
5350 LET P#=$C$(Z#,T#,1,P#)+1 83500

```

PROGRAMM PLIST 24.11.85

Seite - 6 -

PROGRAMM PLIST 24.11.85

Seite - 7

```

3560 IF (P#J) OR (P#59) THEN 3590
3570 LET P#P
3580 GOTO 3550
3590 IF P#J#3 THEN 3620 85560
3600 NEXT J
3610 LET P#59
3620 LET I1=EXT8(29,1,P#) 85590
3630 ON P# GOTO 3640,3680
3640 IF SCH(19,"REN",1,1)=0 THEN 3680 85630
3650 IF SCH(19,209,1,0)=0 THEN 3680
3655 PRINT FNT#
3660 GOSUB 6000
3665 PRINT FNT#
3670 GOSUB 6000
3680 PRINT FNT#;I1 85630 85640 85650
3690 GOSUB 6000
3700 LET I2="." "EXT8(29,P#+1,2)
3710 GOTO 3180

```

```

5800 REM *** AUSGABE ZEILE bzw. FOLGEZEILE 85140 85160
5810 IF F#0 THEN 5840
5820 PRINT FNT#;TAB(58+59+1-2);Z#
5830 GOTO 5900
5840 ON F# GOTO 5830,5890 85810
5850 IF SCH(29,"REN",1,0)=0 THEN 5890 85840
5860 IF SCH(29,209,1,0)=0 THEN 5890
5865 PRINT FNT#
5870 GOSUB 6000
5875 PRINT FNT#
5880 GOSUB 6000
5890 PRINT FNT#;Z# 85840 85850 85860
5900 LET I#="" 85830
5910 READ I;IF EOF 5920
5920 GOSUB 6000 85910
5930 ON SCH(LEN(I))+1 GOTO 6500,5030

```

```

6000 REM *** SUB SEITEREITEILUNG *** 85660 85670
85690 85070 85080 85920

```

```

6010 LET Z#20+1
6020 IF (Z#(29-4) OR (F#1) THEN 6260
6030 IF I#="" THEN 6260
6040 LET S#50+1
6050 BUILD I#,"-","S#","-"
6060 PRINT
6061 PRINT
6062 PRINT
6070 PRINT TAB(58+59+1-LEN(I1));I1#
6080 PRINT US
6210 PRINT TAB(UB+2),"PROGRAMM ":"P#;" "ID#;
6220 BUILD I#;S#;S#,"-"

```

```

6230 PRINT TAB(58+59+1-LEN(I1));I1#
6240 PRINT
6241 PRINT
6242 PRINT
6250 LET Z#4
6260 RETURN 86020 86030

6300 REM *** AUSDRUCK ENDE 85840 85930
6310 PRINT FNT#
6311 LET Z#20+1
6312 PRINT FNT#
6313 LET Z#20+1
6314 PRINT FNT#
6320 PRINT "***** ENDE PROGRAMM ":"P#;" *****"
6340 LET Z#20+2
6350 IF F#1 THEN 7000 85800
6360 IF S#1 THEN 6370
6365 IF Z#<L THEN 6600
6370 FOR Z#20 TO Z#-1 STEP 1 86360
6380 PRINT FNT#
6390 NEXT Z#
6400 PRINT US 86565

```

```

7000 REM *** AUSGABE LIST OF LABELS *** 85810 86390
7010 IF F#1 THEN 1000
7020 PRINT
7030 PRINT
7040 PRINT "LIST OF LABELS"
7050 PRINT
7060 FOR I#1 TO N STEP 1
7070 PRINT L(I,1);L(I,2),
7080 NEXT I
7090 PRINT
7100 GOTO 1000

```

```

8000 REM *** ENDE *** 81810
8010 FOR I#1 TO 10 STEP 1
8020 PRINT
8030 NEXT I
8040 LET I#=""
8050 LET Z#***** BITTE ABSCHALTEN *****"
8060 LET L#3
8070 LET P#3
8080 LET M#3
8090 LET P#100
8100 LET N#500
8105 LET N#20
8110 FOR K#1 TO N# STEP 1
8120 FOR J#1 TO N# STEP 1

```

PROGRAMM PLIST 24.11.85

Seite - 8 -

```

8130 DISP Z#
8140 FOR I#1 TO L STEP 1
8150 NEXT I
8160 DELAY 1
8170 NEXT I
8180 DISP I#
8190 FOR I#1 TO P STEP 1
8200 DELAY 1
8210 NEXT I
8220 NEXT J
8230 FOR I#1 TO P#LOG(N#)/(LOG(K)+LOG(N#)) STEP 1
8240 DELAY 1
8250 NEXT I
8260 NEXT K
9000 END

```

***** ENDE PROGRAMM PLIST *****

PLOTTER

[illegible]

5414 30

[illegible]

[illegible][illegible]

三


```

4054 14d=2 then i f k then i s=11-h0-17-h0/19+11;12+2+h0; j1=Cj2-11/19+11
4055 14e7-17e18-19e19-2e20-3e21-4e22-5e23-6e24-7e25-8e26-9e27-10e28-11e29-12e30-13e31-14e32-15e33-16e34-17e35-18e36-19e37-20e38-21e39-22e40-23e41-24e42-25e43-26e44-27e45-28e46-29e47-30e48-31e49-32e50-33e51-34e52-35e53-36e54-37e55-38e56-39e57-40e58-41e59-42e60-43e61-44e62-45e63-46e64-47e65-48e66-49e67-50e68-51e69-52e70-53e71-54e72-55e73-56e74-57e75-58e76-59e77-60e78-61e79-62e80-63e81-64e82-65e83-66e84-67e85-68e86-69e87-70e88-71e89-72e90-73e91-74e92-75e93-76e94-77e95-78e96-79e97-80e98-81e99-82e100-83e101-84e102-85e103-86e104-87e105-88e106-89e107-90e108-91e109-92e110-93e111-94e112-95e113-96e114-97e115-98e116-99e117-100e118-101e119-102e120-103e121-104e122-105e123-106e124-107e125-108e126-109e127-110e128-111e129-112e130-113e131-114e132-115e133-116e134-117e135-118e136-119e137-120e138-121e139-122e140-123e141-124e142-125e143-126e144-127e145-128e146-129e147-130e148-131e149-132e150-133e151-134e152-135e153-136e154-137e155-138e156-139e157-140e158-141e159-142e160-143e161-144e162-145e163-146e164-147e165-148e166-149e167-150e168-151e169-152e170-153e171-154e172-155e173-156e174-157e175-158e176-159e177-160e178-161e179-162e180-163e181-164e182-165e183-166e184-167e185-168e186-169e187-170e188-171e189-172e190-173e191-174e192-175e193-176e194-177e195-178e196-179e197-180e198-181e199-182e200-183e201-184e202-185e203-186e204-187e205-188e206-189e207-190e208-191e209-192e210-193e211-194e212-195e213-196e214-197e215-198e216-199e217-200e218-201e219-202e220-203e221-204e222-205e223-206e224-207e225-208e226-209e227-210e228-211e229-212e230-213e231-214e232-215e233-216e234-217e235-218e236-219e237-220e238-221e239-222e240-223e241-224e242-225e243-226e244-227e245-228e246-229e247-230e248-231e249-232e250-233e251-234e252-235e253-236e254-237e255-238e256-239e257-240e258-241e259-242e260-243e261-244e262-245e263-246e264-247e265-248e266-249e267-250e268-251e269-252e270-253e271-254e272-255e273-256e274-257e275-258e276-259e277-260e278-261e279-262e280-263e281-264e282-265e283-266e284-267e285-268e286-269e287-270e288-271e289-272e290-273e291-274e292-275e293-276e294-277e295-278e296-279e297-280e298-281e299-282e300-283e301-284e302-285e303-286e304-287e305-288e306-289e307-290e308-291e309-292e310-293e311-294e312-295e313-296e314-297e315-298e316-299e317-300e318-301e319-302e320-303e321-304e322-305e323-306e324-307e325-308e326-309e327-310e328-311e329-312e330-313e331-314e332-315e333-316e334-317e335-318e336-319e337-320e338-321e339-322e340-323e341-324e342-325e343-326e344-327e345-328e346-329e347-330e348-331e349-332e350-333e351-334e352-335e353-336e354-337e355-338e356-339e357-340e358-341e359-342e360-343e361-344e362-345e363-346e364-347e365-348e366-349e367-350e368-351e369-352e370-353e371-354e372-355e373-356e374-357e375-358e376-359e377-360e378-361e379-362e380-363e381-364e382-365e383-366e384-367e385-368e386-369e387-370e388-371e389-372e390-373e391-374e392-375e393-376e394-377e395-378e396-379e397-380e398-381e399-382e400-383e401-384e402-385e403-386e404-387e405-388e406-389e407-390e408-391e409-392e410-393e411-394e412-395e413-396e414-397e415-398e416-399e417-400e418-401e419-402e420-403e421-404e422-405e423-406e424-407e425-408e426-409e427-410e428-411e429-412e430-413e431-414e432-415e433-416e434-417e435-418e436-419e437-420e438-421e439-422e440-423e441-424e442-425e443-426e444-427e445-428e446-429e447-430e448-431e449-432e450-433e451-434e452-435e453-436e454-437e455-438e456-439e457-440e458-441e459-442e460-443e461-444e462-445e463-446e464-447e465-448e466-449e467-450e468-451e469-452e470-453e471-454e472-455e473-456e474-457e475-458e476-459e477-460e478-461e479-462e480-463e481-464e482-465e483-466e484-467e485-468e486-469e487-470e488-471e489-472e490-473e491-474e492-475e493-476e494-477e495-478e496-479e497-480e498-481e499-482e500-483e501-484e502-485e503-486e504-487e505-488e506-489e507-490e508-491e509-492e510-493e511-494e512-495e513-496e514-497e515-498e516-499e517-500e518-501e519-502e520-503e521-504e522-505e523-506e524-507e525-508e526-509e527-510e528-511e529-512e530-513e531-514e532-515e533-516e534-517e535-518e536-519e537-520e538-521e539-522e540-523e541-524e542-525e543-526e544-527e545-528e546-529e547-530e548-531e549-532e550-533e551-534e552-535e553-536e554-537e555-538e556-539e557-540e558-541e559-542e560-543e561-544e562-545e563-546e564-547e565-548e566-549e567-550e568-551e569-552e570-553e571-554e572-555e573-556e574-557e575-558e576-559e577-560e578-561e579-562e580-563e581-564e582-565e583-566e584-567e585-568e586-569e587-570e588-571e589-572e590-573e591-574e592-575e593-576e594-577e595-578e596-579e597-580e598-581e599-582e600-583e601-584e602-585e603-586e604-587e605-588e606-589e607-590e608-591e609-592e610-593e611-594e612-595e613-596e614-597e615-598e616-599e617-600e618-601e619-602e620-603e621-604e622-605e623-606e624-607e625-608e626-609e627-610e628-611e629-612e630-613e631-614e632-615e633-616e634-617e635-618e636-619e637-620e638-621e639-622e640-623e641-624e642-625e643-626e644-627e645-628e646-629e647-630e648-631e649-632e650-633e651-634e652-635e653-636e654-637e655-638e656-639e657-640e658-641e659-642e660-643e661-644e662-645e663-646e664-647e665-648e666-649e667-650e668-651e669-652e670-653e671-654e672-655e673-656e674-657e675-658e676-659e677-660e678-661e679-662e680-663e681-664e682-665e683-666e684-667e685-668e686-669e687-670e688-671e689-672e690-673e691-674e692-675e693-676e694-677e695-678e696-679e697-680e698-681e699-682e700-683e701-684e702-685e703-686e704-687e705-688e706-689e707-690e708-691e709-692e710-693e711-694e712-695e713-696e714-697e715-698e716-699e717-700e718-701e719-702e720-703e721-704e722-705e723-706e724-707e725-708e726-709e727-710e728-711e729-712e730-713e731-714e732-715e733-716e734-717e735-718e736-719e737-720e738-721e739-722e740-723e741-724e742-725e743-726e744-727e745-728e746-729e747-730e748-731e749-732e750-733e751-734e752-735e753-736e754-737e755-738e756-739e757-740e758-741e759-742e760-743e761-744e762-745e763-746e764-747e765-748e766-749e767-750e768-751e769-752e770-753e771-754e772-755e773-756e774-757e775-758e776-759e777-760e778-761e779-762e780-763e781-764e782-765e783-766e784-767e785-768e786-769e787-770e788-771e789-772e790-773e791-774e792-775e793-776e794-777e795-778e796-779e797-780e798-781e799-782e800-783e801-784e802-785e803-786e804-787e805-788e806-789e807-790e808-791e809-792e810-793e811-794e812-795e813-796e814-797e815-798e816-799e817-800e818-801e819-802e820-803e821-804e822-805e823-806e824-807e825-808e826-809e827-810e828-811e829-812e830-813e831-814e832-815e833-816e834-817e835-818e836-819e837-820e838-821e839-822e840-823e841-824e842-825e843-826e844-827e845-828e846-829e847-830e848-831e849-832e850-833e851-834e852-835e853-836e854-837e855-838e856-839e857-840e858-841e859-842e860-843e861-844e862-845e863-846e864-847e865-848e866-849e867-850e868-851e869-852e870-853e871-854e872-855e873-856e874-857e875-858e876-859e877-860e878-861e879-862e880-863e881-864e882-865e883-866e884-867e885-868e886-869e887-870e888-871e889-872e890-873e891-874e892-875e893-876e894-877e895-878e896-879e897-880e898-881e899-882e900-883e901-884e902-885e903-886e904-887e905-888e906-889e907-890e908-891e909-892e910-893e911-894e912-895e913-896e914-897e915-898e916-899e917-900e918-901e919-902e920-903e921-904e922-905e923-906e924-907e925-908e926-909e927-910e928-911e929-912e930-913e931-914e932-915e933-916e934-917e935-918e936-919e937-920e938-921e939-922e940-923e941-924e942-925e943-926e944-927e945-928e946-929e947-930e948-931e949-932e950-933e951-934e952-935e953-936e954-937e955-938e956-939e957-940e958-941e959-942e960-943e961-944e962-945e963-946e964-947e965-948e966-949e967-950e968-951e969-952e970-953e971-954e972-955e973-956e974-957e975-958e976-959e977-960e978-961e979-962e980-963e981-964e982-965e983-966e984-967e985-968e986-969e987-970e988-971e989-972e990-973e991-974e992-975e993-976e994-977e995-978e996-979e997-980e998-981e999-982e1000-983e1001-984e1002-985e1003-986e1004-987e1005-988e1006-989e1007-990e1008-991e1009-992e1010-993e1011-994e1012-995e1013-996e1014-997e1015-998e1016-999e1017-1000e1018-1001e1019-1002e1020-1003e1021-1004e1022-1005e1023-1006e1024-1007e1025-1008e1026-1009e1027-1010e1028-1011e1029-1012e1030-1013e1031-1014e1032-1015e1033-1016e1034-1017e1035-1018e1036-1019e1037-1020e1038-1021e1039-1022e1040-1023e1041-1024e1042-1025e1043-1026e1044-1027e1045-1028e1046-1029e1047-1030e1048-1031e1049-1032e1050-1033e1051-1034e1052-1035e1053-1036e1054-1037e1055-1038e1056-1039e1057-1040e1058-1041e1059-1042e1060-1043e1061-1044e1062-1045e1063-1046e1064-1047e1065-1048e1066-1049e1067-1050e1068-1051e1069-1052e1070-1053e1071-1054e1072-1055e1073-1056e1074-1057e1075-1058e1076-1059e1077-1060e1078-1061e1079-1062e1080-1063e1081-1064e1082-1065e1083-1066e1084-1067e1085-1068e1086-1069e1087-1070e1088-1071e1089-1072e1090-1073e1091-1074e1092-1075e1093-1076e1094-1077e1095-1078e1096-1079e1097-1080e1098-1081e1099-1082e1100-1083e1101-1084e1102-1085e1103-1086e1104-1087e1105-1088e1106-1089e1107-1090e1108-1091e1109-1092e1110-1093e1111-1094e1112-1095e1113-1096e1114-1097e1115-1098e1116-1099e1117-1100e1118-1101e1119-1102e1120-1103e1121-1104e1122-1105e1123-1106e1124-1107e1125-1108e1126-1109e1127-1110e1128-1111e1129-1112e1130-1113e1131-1114e1132-1115e1133-1116e1134-1117e1135-1118e1136-1119e1137-1120e1138-1121e1139-1122e1140-1123e1141-1124e1142-1125e1143-1126e1144-1127e1145-1128e1146-1129e1147-1130e1148-1131e1149-1132e1150-1133e1151-1134e1152-1135e1153-1136e1154-1137e1155-1138e1156-1139e1157-1140e1158-1141e1159-1142e1160-1143e1161-1144e1162-1145e1163-1146e1164-1147e1165-1148e1166-1149e1167-1150e1168-1151e1169-1152e1170-1153e1171-1154e1172-1155e1173-1156e1174-1157e1175-1158e1176-1159e1177-1160e1178-1161e1179-1162e1180-1163e1181-1164e1182-1165e1183-1166e1184-1167e1185-1168e1186-1169e1187-1170e1188-1171e1189-1172e1190-1173e1191-1174e1192-1175e1193-1176e1194-1177e1195-1178e1196-1179e1197-1180e1198-1181e1199-1182e1200-1183e1201-1184e1202-1185e1203-1186e1204-1187e1205-1188e1206-1189e1207-1190e1208-1191e1209-1192e1210-1193e1211-1194e1212-1195e1213-1196e1214-1197e1215-1198e1216-1199e1217-1200e1218-1201e1219-1202e1220-1203e1221-1204e1222-1205e1223-1206e1224-1207e1225-1208e1226-1209e1227-1210e1228-1211e1229-1212e1230-1213e1231-1214e1232-1215e1233-1216e1234-1217e1235-1218e1236-1219e1237-1220e1238-1221e1239-1222e1240-1223e1241-1224e1242-1225e1243-1226e1244-1227e1245-1228e1246-1229e1247-1230e1248-1231e1249-1232e1250-1233e1251-1234e1252-1235e1253-1236e1254-1237e1255-1238e1256-1239e1257-1240e1258-1241e1259-1242e1260-1243e1261-1244e1262-1245e1263-1246e1264-1247e1265-1248e1266-1249e1267-1250e1268-1251e1269-1252e1270-1253e1271-1254e1272-1255e1273-1256e1274-1257e1275-1258e1276-1259e1277-1260e1278-1261e1279-1262e1280-1263e1281-1264e1282-1265e1283-1266e1284-1267e1285-1268e1286-1269e1287-1270e1288-1271e1289-1272e1290-1273e1291-1274e1292-1275e1293-1276e1294-1277e1295-1278e1296-1279e1297-1280e1298-1281e1299-1282e1300-1283e1301-1284e1302-1285e1303-1286e1304-1287e1305-1288e1306-1289e1307-1290e1308-1291e1309-1292e1310-1293e1311-1294e1312-1295e1313-1296e1314-1297e1315-1298e1316-1299e1317-1300e1318-1301e1319-1302e1320-1303e1321-1304e1322-1305e1323-1306e1324-1307e1325-1308e1326-1309e1327-1310e1328-1311e1329-1312e1330-1313e1331-1314e1332-1315e1333-1316e1334-1317e1335-1318e1336-1319e1337-1320e1338-1321e1339-1322e1340-1323e1341-1324e1342-1325e1343-1326e1344-1327e1345-1328e1346-1329e1347-1330e1348-1331e1349-1332e1350-1333e1351-1334e1352-1335e1353-1336e1354-1337e1355-1338e1356-1339e1357-1340e1358-1341e1359-1342e1360-1343e1361-1344e1362-1345e1363-1346e1364-1347e1365-1348e1366-1349e1367-1350e1368-1351e1369-1352e1370-1353e1371-1354e1372-1355e1373-1356e1374-1357e1375-1358e1376-1359e1377-1360e1378-1361e1379-1362e1380-1363e1381-1364e1382-1365e1383-1366e1384-1367e1385-1368e1386-1369e1387-1370e1388-1371e1389-1372e1390-1373e1391-1374e1392-1375e1393-1376e1394-1377e1395-1378e1396-1379e1397-1380e1398-1381e1399-1382e1400-1383e1401-1384e1402-1385e1403-1386e1404-1387e1405-1388e1406-1389e1407-1390e1408-1391e1409-1392e1410-1393e1411-1394e1412-1395e1413-1396e1414-1397e1415-1398e1416-1399e1417-1400e1418-1401e1419-1402e1420-1403e1421-1404e1422-1405e1423-1406e1424-1407e1425-1408e1426-1409e1427-1410e1428-1411e1429-1412e1430-1413e1431-1414e1432-1415e1433-1416e1434-1417e1435-1418e1436-1419e1437-1420e1438-1421e1439-1422e1440-1423e1441-1424e1442-1425e1443-1426e1444-1427e1445-1428e1446-1429e1447-1430e1448-1431e1449-1432e1450-1433e1451-1434e1452-1435e1453-1436e1454-1437e1455-1438e1456-1439e1457-1440e1458-1441e1459-1442e
```

[illegible]

DANKSAGUNG

Herrn Prof. Dr. Jörg Remien danke ich für die Überlassung des Themas, die fortlaufende Unterstützung bei der Durchführung der Arbeit, sowie für die anregende und lehrreiche Diskussion während der Abfassung meiner Dissertation.

Für Rat und Beistand in labortechnischen Fragen danke ich Frau Sybille Kirzinger, Frau Eva Lainer, Frau Annegret Landrock, Frau Christina Lemmermann, Frau Iris Reithmeier, Frau Sibylle Schwaiger, Frau Ulrike Schwaiger und Herrn Dr. Johannes Wissmann.

LEBENS LAUF

Am 23. Mai 1950 wurde ich als Sohn des Berufsschullehrers Friedrich Naar und dessen Ehefrau Paula in Traunstein geboren.

Von 1956 bis 1961 ging ich in die Knabenvolksschule in Trostberg. Im Herbst 1961 trat ich in das private altsprachliche Gymnasium in Stein ein und wechselte 1965 in das staatliche, ebenfalls altsprachliche Chiemgau-Gymnasium Traunstein über, wo ich 1970 das Abitur ablegte.

Von Herbst 1970 an studierte ich zunächst 2 Semester Chemie an der Technischen Universität München. Mit dem Wintersemester 1971 begann ich das Studium der Medizin an der Universität München, absolvierte dort 1972 die Naturwissenschaftliche Vorprüfung und 1975 die Ärztliche Vorprüfung. Die drei Abschnitte der Ärztlichen Prüfung legte ich 1976, 1978 und 1982 ab. Im Mai 1982 wurde mir die Approbation als Arzt erteilt.

Neben meinem Medizinstudium beschäftigte ich mich weiter mit Chemie und Physik, später mit Statistik und Elektronischer Datenverarbeitung. Im Rahmen meiner Dissertation erwarb ich auch praktische Kenntnisse im Erstellen von Computer-Programmen. Wegen des Wehrdienstes mußte ich 1982/83 meine Arbeit unterbrechen, die ich im laufenden Jahr abschließe.



